



## รายงานการวิจัย

โครงการพัฒนาระบบศูนย์กลางโทรเวชกรรม (Telemedicine)  
สำหรับอุปกรณ์ตรวจสุขภาพใช้งานในบ้าน  
Development of Central Telemedicine System for  
Domestic Health Check-up Devices

ได้รับทุนอุดหนุนการวิจัยจาก  
มหาวิทยาลัยเทคโนโลยีสุรนารี

ผลงานวิจัยเป็นความรับผิดชอบของหัวหน้าโครงการวิจัยแต่เพียงผู้เดียว



## รายงานการวิจัย

โครงการพัฒนาระบบศูนย์กลางโทรเวชกรรม (Telemedicine)  
สำหรับอุปกรณ์ตรวจสุขภาพใช้งานในบ้าน  
Development of Central Telemedicine System for  
Domestic Health Check-up Devices

คณะผู้วิจัย

หัวหน้าโครงการ

ผู้ช่วยศาสตราจารย์ ดร.ศรัญญา กาญจนวัฒนา

สาขาวิชาวิศวกรรมคอมพิวเตอร์

สำนักวิชาวิศวกรรมศาสตร์

มหาวิทยาลัยเทคโนโลยีสุรนารี

ผู้ร่วมวิจัย

ผู้ช่วยศาสตราจารย์ ดร.นันทวุฒิ คะอังกู

ได้รับทุนอุดหนุนการวิจัยจากมหาวิทยาลัยเทคโนโลยีสุรนารี ปีงบประมาณ พ.ศ. 2565

ผลงานวิจัยเป็นความรับผิดชอบของหัวหน้าโครงการวิจัยแต่เพียงผู้เดียว

มีนาคม 2566

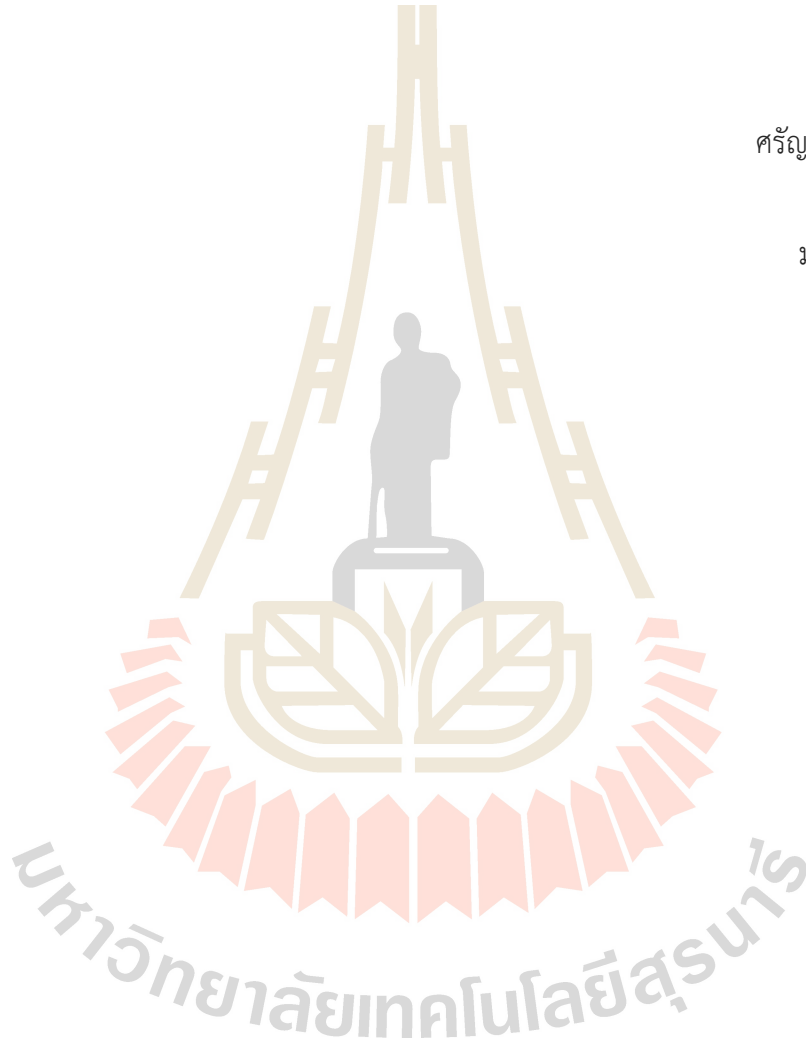
## กิตติกรรมประกาศ

ผู้วิจัยขอขอบคุณ มหาวิทยาลัยเทคโนโลยีสุรนารี ผู้ให้ทุนสนับสนุนงานวิจัย และด้วยการสนับสนุนในครั้งนี ทำให้ผู้วิจัยสามารถพัฒนาระบบเพื่อการจัดการและแสดงผลข้อมูลที่ได้จากอุปกรณ์ตรวจสอบสภาพใช้งานในบ้าน ซึ่งมีการใช้งานแบบโทรเวชกรรม ข้อมูลสุขภาพจะได้จากเครื่องวัดความดันโลหิตที่ถูกพัฒนาขึ้นด้วยเทคโนโลยี และพัฒนา mobile Application และ web Application เพื่อให้แพทย์สามารถติดตามอาการหรือผู้ป่วยสามารถดูและจัดการข้อมูลต่างๆ ได้

ศรัณญา กาญจนวัฒนา

ผู้วิจัย

มกราคม 2566



## บทคัดย่อภาษาไทย

ระบบศูนย์กลางโทรเวชกรรมสำหรับอุปกรณ์ตรวจสุขภาพใช้งานในบ้าน เป็นแอปพลิเคชันที่พัฒนาขึ้นเพื่อการจัดการและแสดงผลข้อมูลที่ได้จากอุปกรณ์ตรวจสุขภาพ ซึ่งมีการใช้งานแบบโทรเวชกรรม ข้อมูลสุขภาพจะได้จากอุปกรณ์ตรวจสุขภาพที่ถูกพัฒนาด้วยเทคโนโลยี โดยในโครงการนี้จะเน้นไปที่เรื่องวัดความดันโลหิต เมื่อมีการใช้งานข้อมูลจะถูกส่งไปเก็บรวบรวมไว้บน Cloud Server ซึ่งได้มีการติดตั้งฐานข้อมูลที่ออกแบบเพื่อเก็บข้อมูลสุขภาพของผู้ใช้งานระบบโดยเฉพาะ

การพัฒนาจะแบ่งออกเป็น 3 ส่วนคือ

1. การพัฒนาระบบเซนเซอร์ในการตรวจวัดสุขภาพใช้งานในบ้าน
2. Mobile Application จะมีการแสดงผลข้อมูลสุขภาพของผู้ใช้งาน
3. Web Application จะเป็นส่วนหลักในการจัดการข้อมูลต่าง ๆ เช่น ข้อมูลส่วนตัว โรคประจำตัว

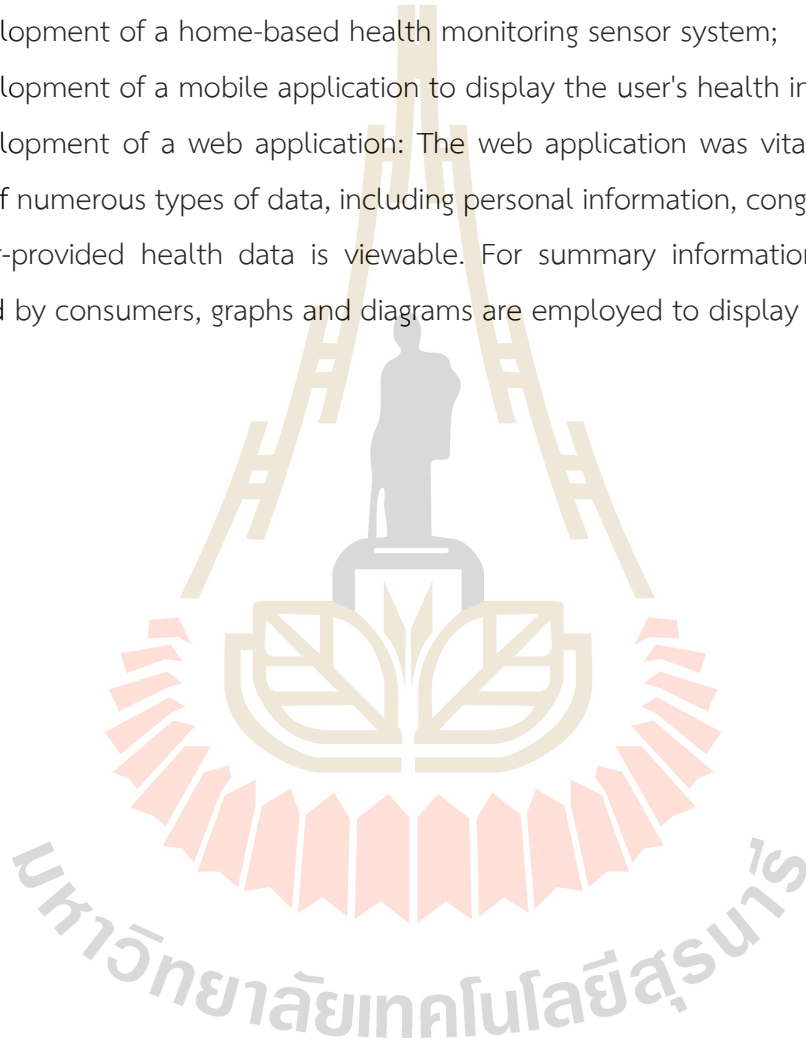
เป็นต้น มีการแสดงผลข้อมูลสุขภาพทั้งหมดที่เกิดขึ้นของผู้ใช้งาน มีการแสดงข้อมูลเชิงสรุปในรูปแบบของกราฟหรือไดอะแกรม เพื่อให้ผู้ใช้ที่สามารถเข้าใจข้อมูลได้ง่าย

## บทคัดย่อภาษาอังกฤษ

The Central Telemedicine System for Domestic Health Check-up Devices is a web-based application used to organize and display health monitoring device data. Using technologically advanced health check-up devices, health-related information is gathered. This project was concentrated on blood pressure monitors. The health data was sent to the cloud server, which had created a database for storing system users' health information.

There are three developmental stages:

1. Development of a home-based health monitoring sensor system;
2. Development of a mobile application to display the user's health information;
3. Development of a web application: The web application was vital for the online maintenance of numerous types of data, including personal information, congenital disorders, etc. Most user-provided health data is viewable. For summary information to be simply comprehended by consumers, graphs and diagrams are employed to display it.



## สารบัญ

	หน้า
กิตติกรรมประกาศ.....	ก
บทคัดย่อภาษาไทย.....	ข
บทคัดย่อภาษาอังกฤษ.....	ค
สารบัญ.....	ง
สารบัญตาราง.....	จ
สารบัญภาพ.....	ฉ-ช
บทที่ 1 บทนำ	
1.1 ความสำคัญและที่มาของปัญหาการวิจัย.....	1
1.2 วัตถุประสงค์ของการวิจัย.....	1
1.3 ขอบเขตของการวิจัย.....	2
1.4 ประโยชน์ที่ได้รับจากการวิจัย.....	2
บทที่ 2 เอกสารและงานวิจัยที่เกี่ยวข้อง	
2.1 ความรู้พื้นฐานค่าความดันโลหิต.....	3
2.2 ไมโครคอนโทรลเลอร์.....	8
2.3 เซนเซอร์วัดความดันอากาศ.....	18
2.4 เครื่องวัดความดันอิเล็กทรอนิกส์.....	20
บทที่ 3 วิธีดำเนินการวิจัย	
3.1 การวิเคราะห์ระบบ.....	24
3.2 วิธีการวิเคราะห์ข้อมูล.....	25
3.3 วิธีดำเนินการวิจัย.....	28
บทที่ 4 ผลการวิจัย	
4.1 การพัฒนาระบบ Software.....	32
4.2 การพัฒนาระบบ Hardware.....	39
บทที่ 5 สรุปผลการวิจัย อภิปรายผล และข้อเสนอแนะ	
5.1 สรุปผลการวิจัย.....	46
5.2 ข้อเสนอแนะ.....	46
บรรณานุกรม.....	47
ประวัติผู้วิจัย.....	49

## สารบัญตาราง

	หน้า
2.1 ตารางแสดงค่าความดันโลหิต.....	4
4.1 คำนวณค่าแรงดันด้วยอัลกอริทึม Polynomial Regression.....	40



## สารบัญรูปภาพ

	หน้า
2.1 ตัวอย่างคำที่อ่านได้จากเครื่องวัดความดันโลหิตอิเล็กทรอนิกส์.....	3
2.2 ตัวอย่างของระบบการทำงานของเครื่องวัดความดันโลหิต.....	3
2.3 การใช้เครื่องวัดความดันโลหิต.....	4
2.4 การวัดและค่าที่วัดได้จากเครื่องมือวัดความดันโลหิตชนิดปรอท (Mercury Sphygmomanometer).....	6
2.5 บอร์ดไมโครคอนโทรลเลอร์ Arduino.....	9
2.6 การเขียนโปรแกรมบน Arduino.....	9
2.7 การดาวน์โหลดโปรแกรม Arduino.....	10
2.8 วิธีการดาวน์โหลดโปรแกรม Arduino.....	10
2.9 ส่วนประกอบของบอร์ด Arduino Mega 2560.....	15
2.10 บอร์ด Arduino Mega 2560.....	16
2.11 เซนเซอร์วัดความดันอากาศแรงดันน้ำ.....	19
2.12 กราฟแสดงคุณสมบัติของค่าแรงดัน (PSI) เทียบกับค่าแรงดัน (ADC).....	20
2.13 เครื่องวัดความดันโลหิตอิเล็กทรอนิกส์.....	20
2.14 ภาพแสดงตัวอย่างการวัดและการวิเคราะห์ความดันโลหิต.....	21
2.15 กราฟแสดงและขั้นตอนการวิเคราะห์ค่าความดันโลหิต.....	22
3.1 ระบบการส่งข้อมูลเครื่องวัดความดันไปยังระบบ Cloud Server.....	24
3.2 ออกแบบระบบฐานข้อมูลเพื่อสร้าง Mobile Application และ Web Application.....	25
3.3 กราฟแสดงความดันโลหิตที่แสดง Systolic pressure และ Diastolic pressure.....	25
3.4 ส่วนประกอบของต้นแบบเครื่องวัดความดันโลหิตที่ขายทั่วไป.....	26
3.5 กราฟแสดงการทำ Systolic pressure และ Diastolic pressure จากเครื่องวัดความดันโลหิตด้วยระบบเซนเซอร์.....	26
3.6 กราฟแสดงการทำ Systolic pressure และ Diastolic pressure จากเครื่องวัดความดันโลหิตด้วยระบบเซนเซอร์.....	27
3.7 System Modeling and Priority.....	27
3.8 สถาปัตยกรรมซอฟต์แวร์ที่แสดงถึงโครงสร้างภายในของระบบ.....	28
3.9 Use Case Diagrams สำหรับการแสดงรายละเอียดของผู้ป่วยแต่ละคน.....	29
3.10 Use Case Diagrams สำหรับการแสดงข้อมูลสุขภาพของผู้ป่วย.....	29
3.11 ออกแบบระบบการทำงานของเครื่องวัดความดันโลหิต.....	30
3.12 องค์ประกอบของเครื่องวัดความดันเครื่องต้นแบบ.....	30
3.13 เครื่องวัดความดันเครื่องต้นแบบ (ต้นแบบที่ 1).....	31



สารบัญรูปภาพ (ต่อ)

	หน้า
4.1 Home Page ของระบบ Web Application.....	32
4.2 การ LOGIN ของระบบ.....	33
4.3 Create an account ของระบบ.....	33
4.4 แสดงรายชื่อผู้ป่วยทั้งหมดของระบบ.....	33
4.5 การแก้ไขข้อมูลส่วนตัวของผู้ที่ลงทะเบียนกับระบบ.....	34
4.6 การเปลี่ยน Password.....	34
4.7 การแก้ไขข้อมูลทั่วไป.....	34
4.8 รายละเอียดข้อมูลผู้ป่วย.....	35
4.9 QR Code download Mobile Application ทดลองใช้ฟรี.....	35
4.10 หน้าเข้าสู่ระบบ Login.....	36
4.11 หน้าลงทะเบียน.....	36
4.12 หน้าลงทะเบียนเพิ่มเติม.....	37
4.13 หน้าหลักของ Mobile Application.....	37
4.14 หน้าแสดงประวัติการตรวจสุขภาพ.....	38
4.15 หน้าแสดงข้อมูลส่วนตัว.....	38
4.16 ผลการทดสอบเปรียบเทียบความดันหลังจากผ่านอัลกอริทึม ปรับเทียบแรงดันด้วย Machine Learning.....	39
4.17 แสดงผลการคำนวณสมการ Polynomial เพื่อคำนวณค่าแรงดันที่ถูกต้อง.....	39
4.18 ตัวอย่างผลการเก็บผลการทดสอบค่าแรงดันเทียบกับเครื่องวัดความดันแบบปรอท ที่มีการใช้งานกันอยู่ทั่วไป.....	41
4.19 Cuff pressure waveform of oscillometric method.....	41
4.20 ผลการทดสอบและการวิเคราะห์หาค่า Systolic และค่า Diastolic ของความดันโลหิต.....	42
4.21 ตัวอย่างของการคำนวณค่า Systolic และค่า Diastolic ที่ได้จากบอร์ด Arduino uno mega 2560.....	42
4.22 แผนผังการออกแบบและพัฒนาระบบส่งข้อมูลค่าความดันโลหิตที่วัดได้ไปยัง Cloud Server....	43
4.23 ตัวอย่างของเครื่องวัดความดันเครื่องต้นแบบ (ต้นแบบที่ 1) ที่เชื่อมต่อกับระบบ Cloud Server.....	43
4.24 ตัวอย่างของการตั้งค่าเครื่องวัดความดันเครื่องต้นแบบ.....	44
4.25 ตัวอย่างของเครื่องวัดความดันเครื่องต้นแบบ (ต้นแบบที่ 1) ที่ส่งข้อมูลไปยังระบบ Cloud Server.....	44
4.26 เครื่องวัดความดันเครื่องต้นแบบ (ต้นแบบที่ 2).....	45
4.27 การใช้งานเครื่องวัดความดันเครื่องต้นแบบ (ต้นแบบที่ 2).....	45

# บทที่ 1

## บทนำ

### 1.1 ความสำคัญและที่มาของปัญหาการวิจัย

จากสถานการณ์การแพร่ระบาดของ COVID-19 ทำให้ทั่วโลกให้ความสำคัญกับวิทยาศาสตร์การแพทย์มากยิ่งขึ้น ซึ่งทำให้การศึกษาและการวิจัยในด้านนี้ก้าวหน้าไปอย่างรวดเร็ว ไม่ว่าจะเป็นการคิดค้นวัคซีน การปรับเปลี่ยนพฤติกรรมเป็น New Normal หรือแม้แต่เทคโนโลยีใหม่ที่น่าสนใจในชีวิตประจำวัน โทรเวชกรรมเป็นหนึ่งในเทคโนโลยีที่ได้รับความนิยมอย่างมากในช่วงการแพร่ระบาดของ COVID-19 เนื่องจากการจำกัดการเข้าถึงการใช้บริการพื้นที่สาธารณะต่างๆ เช่น โรงเรียน ตลาด หรือแม้แต่โรงพยาบาล โดยกระทรวงสาธารณสุข ประกาศห้ามให้ประชาชนเดินทางไปยังพื้นที่สาธารณะเพื่อป้องกันการแพร่ระบาดเป็นแบบกลุ่ม ซึ่งส่งผลกระทบต่ออย่างยิ่งกับกลุ่มผู้ป่วยที่มีความจำเป็นต้องมีการดูแลสุขภาพอย่างใกล้ชิด เช่น ผู้ป่วยโรคเรื้อรังไม่ติดต่อ ที่ต้องมาพบแพทย์เป็นประจำ เป็นต้น โดยกลุ่มผู้ป่วยกลุ่มนี้ถูกจัดไว้เป็นกลุ่มผู้ป่วยไม่ฉุกเฉิน ทำให้ไม่ได้รับการติดตามอาการและรักษาอย่างเหมาะสม ในช่วงเวลาที่ทางกระทรวงสาธารณสุข ประกาศห้ามให้ประชาชนเดินทางไปยังพื้นที่สาธารณะ ดังนั้นในงานวิจัยนี้ จึงได้ทำการพัฒนาระบบศูนย์กลางโทรเวชกรรมเพื่อเป็นศูนย์รวมข้อมูลสุขภาพของผู้ป่วยที่ต้องรักษาตัวอยู่ที่บ้าน ซึ่งต้องมีการเก็บข้อมูลสุขภาพประจำตัวเป็นประจำทุกวัน เช่น ความดันโลหิต เป็นต้น โดยระบบนี้รับข้อมูลจากอุปกรณ์ทางด้าน IOT ที่ถูกพัฒนาขึ้น ซึ่งสามารถส่งข้อมูลความดันโลหิตจากผู้ป่วยแยกตามบุคคลได้ และมี Mobile Application ที่ผู้ใช้งานสามารถดูข้อมูลสุขภาพย้อนหลังของตนเองได้ ในอีกทางหนึ่งแพทย์หรือพยาบาลสามารถดูข้อมูลสุขภาพของผู้ป่วยย้อนหลังได้ผ่าน Web Application เช่นกัน ซึ่งจะเป็นประโยชน์อย่างยิ่ง ในกรณีที่ผู้ป่วยรักษาตัวอยู่ที่บ้านและเกิดภาวะเสี่ยงก่อนมาพบแพทย์ ระบบดังกล่าวนี้ จะทำให้แพทย์สามารถวิเคราะห์ความเสี่ยงของผู้ป่วยในเบื้องต้นได้ โดยหากเห็นว่าผู้ป่วยมีความเสี่ยงสูง เช่น ความดันโลหิตสูงติดต่อกันเป็นเวลาหลายวัน แพทย์ผู้ดูแลสามารถนัดพบผู้ป่วยเพื่อตรวจสุขภาพได้ทันที โดยไม่จำเป็นต้องรอให้ถึงวันนัด

### 1.2 วัตถุประสงค์ของการวิจัย

- 1.2.1 เพื่อพัฒนาระบบศูนย์กลางโทรเวชกรรมที่สามารถรับข้อมูลจากอุปกรณ์ IOT ในการบันทึกข้อมูลสุขภาพของผู้ป่วยได้
- 1.2.2 เพื่อพัฒนาอุปกรณ์ IOT ที่สามารถส่งข้อมูลสุขภาพของผู้ใช้งานมายังระบบศูนย์กลางโทรเวชกรรม
- 1.2.3 เพื่อพัฒนาระบบ Mobile Application ให้ผู้ใช้งานสามารถดูข้อมูลสุขภาพย้อนหลังของตนเองได้
- 1.2.4 เพื่อพัฒนาระบบ Web Application ให้แพทย์หรือพยาบาลสามารถดูข้อมูลสุขภาพของผู้ป่วยย้อนหลังได้

### 1.3 ขอบเขตของการวิจัย

ในการศึกษาร้านี้ เป็นงานวิจัยที่มุ่งเน้นการพัฒนาระบบศูนย์กลางโทรเวชกรรม ทั้งในส่วนของ Mobile Application และ Web Application ซึ่งผู้วิจัยได้ดำเนินการศึกษาและสำรวจความต้องการของผู้ใช้งานจาก

การสัมภาษณ์ผู้ใช้งานทั่วไปและบุคลากรทางการแพทย์ จากนั้นได้ทำการออกแบบสถาปัตยกรรมของระบบขึ้น โดยระบบนี้จะสามารถรับข้อมูลสุขภาพจากผู้ใช้งานผ่านอุปกรณ์ IOT ที่ถูกพัฒนาขึ้น ในโครงการวิจัยนี้ ผู้วิจัยได้ทำการพัฒนาเครื่องวัดความดันเป็นเครื่องต้นแบบ ที่สามารถส่งค่าความดันโลหิตตัวบนและตัวล่างผ่านระบบเครือข่ายอินเทอร์เน็ต และจะถูกบันทึกลงไปในฐานข้อมูล

ในการดำเนินการวิจัยในโครงการนี้ จะมุ่งเน้นในการพัฒนาระบบ Application และอุปกรณ์ต้นแบบเท่านั้น จะยังไม่มีทดสอบหรือดำเนินการร่วมกับอาสาสมัคร

#### 1.4 ประโยชน์ที่ได้รับจากการวิจัย

ประโยชน์ที่จะได้รับจากการวิจัยครั้งนี้คือ ต้นแบบเทคโนโลยีของระบบศูนย์กลางโทรเวชกรรมและอุปกรณ์ IOT ที่ถูกพัฒนาเป็นเครื่องวัดความดันโลหิตเครื่องต้นแบบ โดยเครื่องวัดความดันโลหิตเครื่องต้นแบบนี้ผู้ใช้งานสามารถใช้งานที่ใดก็ได้ เนื่องจากได้ออกแบบให้รองรับกับการใช้งานผ่านระบบเครือข่ายอินเทอร์เน็ต ซึ่งสามารถต่อยอดให้ใช้ร่วมกับอุปกรณ์ IOT ทางด้านสุขภาพอื่นๆ ได้ในอนาคต จะทำให้สามารถสร้างระบบศูนย์กลางโทรเวชกรรมแบบครบวงจร ที่ผู้ใช้งานสามารถใช้งานที่บ้านของตนเองได้

หน่วยงานที่สามารถนำผลการวิจัยไปใช้ประโยชน์ได้ คือ โรงพยาบาล หรือสถานสุขภาพต่างๆ รวมถึงผู้ป่วยที่ต้องมีการติดตามอาการอย่างต่อเนื่อง

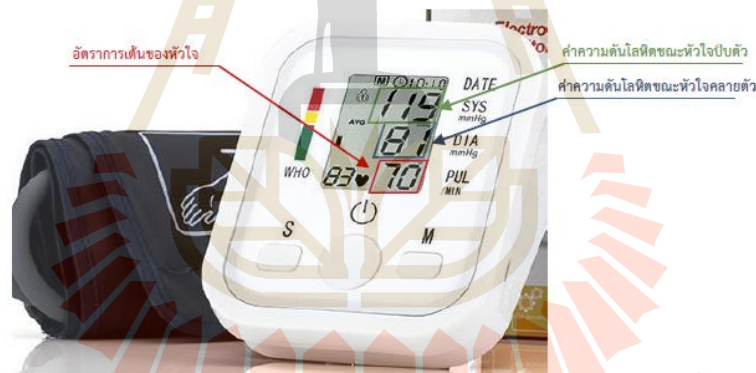


## บทที่ 2

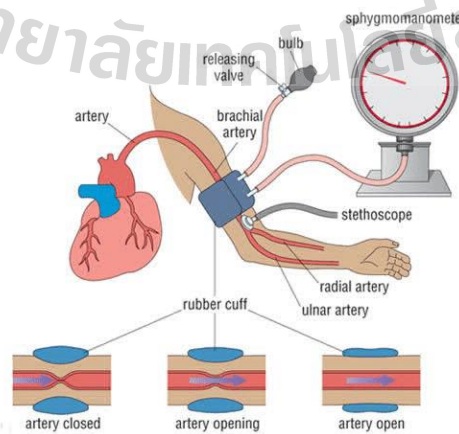
### เอกสารและงานวิจัยที่เกี่ยวข้อง

#### 2.1 ความรู้พื้นฐานค่าความดันโลหิต

ความดันโลหิต คือ ค่าความดันของกระแสเลือดในหลอดเลือดแดง ซึ่งเกิดจากการสูบฉีดเลือดของหัวใจ โดยที่เมื่อหัวใจบีบตัวจะได้ค่าความดันตัวบน และเมื่อหัวใจคลายตัวจะได้ค่าความดันตัวล่าง โดยที่ค่าความดันปกติ เฉลี่ยโดยทั่วไป จะอยู่ที่ประมาณ 120/80 มิลลิเมตรปรอท ซึ่งค่าความดันเหล่านี้วัดได้โดยการใช้เครื่องวัดความดันโลหิต ค่าความดันโลหิตแบ่งออกเป็น 2 ค่า คือ ค่าความดันโลหิตตัวบน (Systolic Blood Pressure) คือ ค่าความดันโลหิตในหลอดเลือดที่เกิดขึ้นขณะที่หัวใจบีบตัว ค่าความดันโลหิตตัวล่าง (Diastolic Blood Pressure) คือ ค่าความดันของเลือดที่ขณะที่หัวใจคลายตัว โดยทั่วไปความดันโลหิตที่เหมาะสมของคนปกติจะต้องไม่เกิน 120/80 มิลลิเมตรปรอท (โดยควรวัดความดันหลังจากนั่งพักอย่างน้อย 30 นาที และ 1 ชั่วโมง หลังรับประทานอาหาร ดื่มกาแฟ สูบบุหรี่ หรือ ออกกำลังกาย) แต่ไม่ควรเกิน 140/90 ม.ม.ปรอท และควรลดลงขณะพักหรือนอนหลับ ถ้าค่าเฉลี่ยเกิน 140/90 ม.ม.ปรอท จากการวัดความดันอย่างน้อย 2 ครั้ง ถือว่าเสี่ยงเป็นโรคความดันโลหิตสูง



รูป 2.1 ตัวอย่างค่าที่อ่านได้จากเครื่องวัดความดันโลหิตอิเล็กทรอนิกส์



รูป 2.2 ตัวอย่างของระบบการทำงานของเครื่องวัดความดันโลหิต

ระดับความดันโลหิต	ค่าสูง	ค่าต่ำ
ปกติ	90 – 119	60 – 79
เริ่มสูง	120 – 139	80 – 89
สูง ระดับ 1	140 – 159	90 – 99
สูง ระดับ 2	160 – 179	100 – 109
สูง ระดับ 3	มากกว่า 180	มากกว่า 109

ตาราง 2.1 ตารางแสดงค่าความดันโลหิต

ทั้งนี้ การวัดค่าความดันโลหิตเพียงครั้งเดียวยังไม่สามารถสรุปได้ว่าเป็นโรคความดันโลหิตสูง จำเป็นต้องวัดซ้ำ 2 – 3 ครั้ง และตรวจติดตามเป็นระยะเพราะค่าความดันโลหิตเป็นตัวเลขที่มีปัจจัยหลายอย่างมากระทบได้ง่าย เช่น ความเหนื่อย ความเครียดหรือกังวล เป็นต้น

#### ขั้นตอนการวัดความดันโลหิตแบบควบคุมด้วยมือ



รูป 2.3 การใช้เครื่องวัดความดันโลหิต

การวัดความดันนั้นควรใช้เครื่องวัดความดันโลหิตอัตโนมัติ ชนิดวัดที่ต้นแขน และได้รับการรับรองมาตรฐาน Clinically validated หรือการทดสอบทางการแพทย์ก่อนจัดจำหน่าย การทดสอบทางการแพทย์นี้ นอกจากจะทดสอบความปลอดภัยในการใช้งานแล้ว ยังทดสอบความแม่นยำของเครื่องซึ่งถือเป็นเรื่องสำคัญอย่างมากสำหรับเครื่องมือที่ใช้วัดค่าที่มีความจำเป็นต่อการวินิจฉัยโรคอย่างค่าความดัน หรือค่าน้ำตาล

ทั้งนี้การเตรียมเครื่องมือวัดความดันโลหิตชนิดปรอท (Mercury Sphygmomanometer) หรือเครื่องมือวัดความดันโลหิตชนิดอัตโนมัติ (Automatic Blood Pressure Measurement Device) ก็ต้องมีการตรวจสอบมาตรฐานอย่างสม่ำเสมอเป็นระยะๆ และต้องใช้ปลอกแขนวัดความดัน (Arm Cuff) ที่ผ่าน

มาตรฐานทางการแพทย์ Cuff Validation หรือการทดสอบและรับรองปลอกแขนสำหรับวัดความดันด้วย เพื่อความแม่นยำในการตรวจวัดความดัน ควรเลือกปลอกแขนที่พอดี กระชับ และมีขนาดเหมาะสมกับแขนของผู้ใช้งาน คือมีส่วนที่เป็นถุงลม (Bladder) ครอบคลุมรอบวงแขนคิดเป็นร้อยละ 80 นั่นเอง

โดยเครื่องวัดความดันโลหิตชนิดอัตโนมัติที่ได้มาตรฐาน Clinically validated จะเป็นประโยชน์ ให้ค่าความดันโลหิตที่แม่นยำ และเพิ่มความปลอดภัยให้กับผู้ป่วยหรือผู้ที่มีความเสี่ยงมากกว่าปกติ เช่น เด็ก ผู้สูงอายุ ผู้ป่วยโรคเบาหวาน สตรีมีครรภ์หรือภาวะครรภ์เป็นพิษ สตรีมีครรภ์ที่มีความดันโลหิตสูง ผู้ป่วยโรคไต ผู้ที่เสี่ยงต่อการเป็นโรคหัวใจ โรคความดันโลหิตสูง โรคหลอดเลือด หัวใจตีบ หรือโรคอื่นๆ ที่มีผลต่อหัวใจ เป็นต้น

### วิธีวัดความดันโลหิต

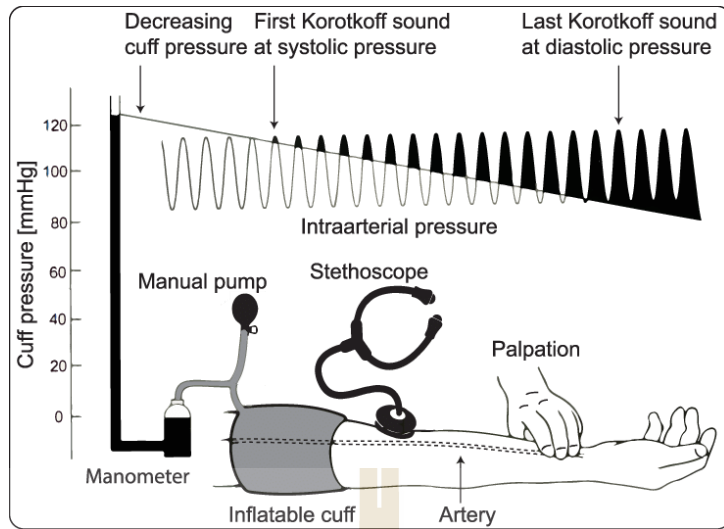
หลังจากนั่งอยู่ในท่าที่สบายและผ่อนคลาย และวางแขนบนพนักเก้าอี้หรือบนโต๊ะสักพักแล้ว ให้ทำตามขั้นตอนการวัดความดันโลหิต ดังนี้

เริ่มจากการยื่นแขนข้างหนึ่งออกไปในระดับเดียวกับหัวใจ ซึ่งจะนิยมทำกับแขนข้างที่มีความดันโลหิตสูงกว่า แล้วใช้ปลอกแขนวัดความดันโลหิตพันรอบต้นแขนเหนือข้อพับแขน 2-3 เซนติเมตร โดยให้กึ่งกลางของถุงลมซึ่งจะมีเครื่องหมายบ่งบอกเป็นวงกลมเล็ก ๆ ที่ขอบ วางอยู่บนหลอดเลือดแดงแขน

การวัดความดันโลหิตด้วยเครื่องมือดิจิทัลที่ไม่จำเป็นต้องใช้ลูกสูบ หลังจากพันปลอกแขนหรือสอดแขนเข้าไปในเครื่องเสร็จ สามารถกดปุ่มที่เครื่องเพื่อเริ่มวัดได้ทันที และรอให้แรงดันที่เครื่องคลายตัวลงจนเป็นปกติ เมื่อเครื่องทำงานเสร็จสิ้นก็จะได้ค่าความดันโลหิตตัวบนซึ่งหมายถึงความดันสูงสุดในหลอดเลือดแดงขณะหัวใจบีบตัว (SBP) และค่าความดันโลหิตตัวล่าง ซึ่งเป็นความดันต่ำสุดในหลอดเลือดแดงขณะที่หัวใจคลายตัว (DBP) รวมถึงอัตราการเต้นของหัวใจ โดยจะแสดงผลเป็นตัวเลขอยู่บนหน้าจอ เครื่องมือดิจิทัลบางชนิดยังแสดงค่าอื่น ๆ อย่างชีพจร ภาวะการเต้นหัวใจผิดปกติ หรือภาวะหัวใจสั่นพริ้ว และพิมพ์ผลการวัดออกมาได้ด้วย

ควรทำการวัดอย่างน้อย 2 ครั้ง เว้นช่วงห่างกันครั้งละ 1-2 นาที โดยวัดจากแขนเดียวกัน ในท่าเดียวกัน แล้วหาค่าเฉลี่ยจากผลทั้งหมดที่ได้ ทั้งนี้ปกติการวัดความดันโลหิตในครั้งแรกจะได้ค่าสูงที่สุด และหากพบว่าผลการวัดทั้ง 2 ครั้งต่างกันมากกว่า 10 มิลลิเมตรปรอท ควรวัดเพิ่มอีก 1-2 ครั้ง

ในปัจจุบันมีสถานพยาบาลบางแห่งที่ยังให้บริการด้วยเครื่องวัดความดันโลหิตแบบลูกสูบที่ต้องบีบลูกยาง ซึ่งต้องอัดลมเข้าสู่ปลอกแขนวัดความดันจนคล้ายสัมผัสชีพจรที่หลอดเลือดแดงแขนไม่ได้ จากนั้นค่อย ๆ ปล่อยลมให้ปรอทในหลอดแก้วลดระดับลงจนเริ่มคล้ายชีพจรได้ แล้วจึงดูค่าความดันที่ปรากฏขึ้น รวมถึงเครื่องวัดความดันโลหิตชนิดปรอทด้วยการฟัง ซึ่งจะวางแผ่นไดอะแฟรม (Diaphragm) ของหูฟัง (Stethoscope) เหนือหลอดเลือดแดงแขน แล้วบีบลูกยางและปล่อยลมจนได้ยินเสียงชีพจรเพื่อดูค่า SBP และค่า DBP แต่ควรระวังผลการวัดที่ผิดพลาดจากการบีบลูกยางช้าหรือยังไม่ทันเกิดแรงดันมากพอ และการคลายวาล์วลูกสูบที่มากเกินไป



รูป 2.4 การวัดและค่าที่วัดได้จากเครื่องมือวัดความดันโลหิตชนิดปรอท (Mercury Sphygmomanometer)

ค่าระดับความดันโลหิตที่ได้มีหน่วยเป็นมิลลิเมตรปรอท (mmHg) โดยจะแสดงเป็น 2 ตัวเลข คือ

1. ตัวเลขบน เรียกว่า ค่าความดันโลหิตซิสโตลิก (Systolic Blood Pressure: SBP) เป็นความดันสูงสุดในหลอดเลือดแดงขณะหัวใจบีบตัวและสูบฉีดเลือดไปเลี้ยงส่วนต่าง ๆ ของร่างกาย
2. ตัวเลขล่าง เรียกว่า ความดันโลหิตไดแอสโตลิก (Diastolic Blood Pressure: DBP) เป็นความดันต่ำสุดในหลอดเลือดแดงขณะที่หัวใจคลายตัวระหว่างพักจากการสูบฉีดเลือด

ทั้งนี้ ค่าความดันโลหิตทั้ง 2 ตัวเลขต่างมีความสำคัญ หากตัวเลขใดตัวเลขหนึ่งที่สูงเกินไปอาจหมายถึงการมีภาวะความดันโลหิตสูง แต่โดยทั่วไปแพทย์จะให้ความสนใจกับตัวเลขบนมากกว่า เพราะการมีค่าความดันซิสโตลิกสูงเป็นปัจจัยเสี่ยงสำคัญของโรคหัวใจและหลอดเลือด โดยเฉพาะในผู้ที่มีอายุ 50 ปีขึ้นไป ส่วนใหญ่ค่าความดันตัวบนนี้จะเพิ่มขึ้นเรื่อย ๆ ตามอายุ เนื่องจากความยืดหยุ่นและพองตัวของหลอดเลือดแดงที่เพิ่มขึ้น รวมถึงการสะสมของคราบหินปูนเป็นเวลานาน และความเสี่ยงต่อการเกิดโรคเกี่ยวกับหัวใจและหลอดเลือดที่สูงขึ้น

### ผลการวัดความดันโลหิต

ระดับความดันโลหิตปกติจะมีค่าตัวเลขบน (ค่าความดันโลหิตซิสโตลิก) ไม่เกินกว่า 120 และมีค่าตัวเลขล่าง (ความดันโลหิตไดแอสโตลิก) ไม่เกินกว่า 80 เขียนเป็น 120/80 มิลลิเมตรปรอท ส่วนระดับความดันผิดปกตินั้นสามารถแบ่งได้เป็น 5 ระดับ ได้แก่

**ภาวะความดันโลหิตต่ำ** คือมีความดันโลหิตในช่วงต่ำกว่า 90/60 มิลลิเมตรปรอท ผู้ป่วยภาวะนี้อาจมีอาการวิงเวียนศีรษะ เป็นลม หรือเกิดภาวะช็อกได้ ทั้งนี้บางรายที่มีภาวะความดันโลหิตต่ำแต่ไม่พบอาการผิดปกติใด ๆ ในทางการแพทย์จะยังจัดว่าสุขภาพเป็นปกติและไม่จำเป็นต้องเข้ารับการรักษา

**ระยะเริ่มต้นภาวะความดันโลหิตสูง** ผู้ที่อยู่ในระยะนี้จะมีค่าความดันโลหิตอยู่ที่ประมาณตั้งแต่ 120-139 และ/หรือ 80-89 มิลลิเมตรปรอท ซึ่งหากไม่มีการปรับเปลี่ยนพฤติกรรมเพื่อควบคุมระดับความดันโลหิตก็จะมีโอกาสเสี่ยงต่อการเกิดภาวะความดันโลหิตสูงได้ต่อไป

**ภาวะความดันโลหิตสูงระดับ 1** ความดันโลหิตอยู่ในช่วง 140-159 และ/หรือ 90-99 มิลลิเมตรปรอท แพทย์จะแนะนำให้ผู้ป่วยความดันโลหิตสูงในระยะนี้ปรับเปลี่ยนพฤติกรรมและอาจต้องรับประทานยาปรับค่าความดันโลหิต

**ภาวะความดันโลหิตสูงระดับ 2** ความดันโลหิตอยู่ในช่วง 160-179 และ/หรือ 100-109 มิลลิเมตรปรอท ผู้ป่วยควรได้รับยาลดความดันโลหิตร่วมกับการควบคุมพฤติกรรมการใช้ชีวิตที่เสี่ยงต่อการมีความดันโลหิตสูง

**ความดันโลหิตสูงขั้นวิกฤต** ถือเป็นภาวะฉุกเฉินที่ต้องได้รับการรักษาอย่างเร่งด่วน โดยจะมีระดับความดันโลหิตที่ 180/110 ผู้ป่วยมักมีอาการหายใจหอบเหนื่อย เจ็บหน้าอก ปวดหลัง รู้สึกอ่อนแรงหรือขาตามร่างกาย มีความผิดปกติด้านการมองเห็น หรือพูดคุ้ยลำบาก แต่หากไม่มีอาการใด ๆ ดังกล่าว ให้รอประมาณ 5 นาที และวัดความดันใหม่อีกครั้ง หากยังได้ค่าความดันสูงเท่าเดิม ควรรีบไปพบแพทย์ในทันที

อย่างไรก็ตาม ผู้ที่ต้องวัดความดันโลหิตเป็นประจำอาจลำบากต่อการไปพบแพทย์หรือไม่อยากเดินทางไปโรงพยาบาลเพียงเพื่อตรวจวัดความดันโลหิตอย่างเดียว เครื่องมือดิจิทัลจึงเป็นอีกหนึ่งทางเลือกที่เหมาะสมและควรมีติดบ้านไว้ เนื่องจากใช้งานได้ง่าย เคลื่อนย้ายและพกพาได้สะดวก มีข้อผิดพลาดน้อย อีกทั้งยังแสดงผลเป็นตัวเลขอย่างชัดเจนพร้อมทั้งอัตราการเต้นของหัวใจ เหมาะสำหรับผู้ป่วยทั่วไป ผู้ป่วยสูงอายุ ผู้ที่สายตาและการได้ยินไม่ดี รวมถึงผู้ป่วยเด็กด้วย ซึ่งการวัดความดันโลหิตเป็นประจำทำให้พบความผิดปกติได้เร็ว เพิ่มโอกาสในการรักษา ช่วยให้หายเป็นปกติเร็วยิ่งขึ้นด้วยควรวัดระดับความดันโลหิตของคุณ 2 ถึง 3 ครั้งในคราวเดียว และใช้ตัวเลขที่คุณเห็นบ่อยที่สุด ผลการตรวจของคุณจะมีสองตัวเลข ตัวเลขบนคือค่าความดันตัวบน (120 มิลลิเมตรปรอท หรือน้อยกว่านั้น คือค่าปกติ) ตัวเลขล่างคือค่าความดันตัวล่าง (80 มิลลิเมตรปรอท หรือน้อยกว่านั้น คือค่าปกติ) หากตัวเลขบนของคุณคือ 140 มิลลิเมตรปรอทหรือมากกว่า หรือตัวเลขล่างของคุณคือ 90 มิลลิเมตรปรอทหรือมากกว่า นั้นหมายความว่า คุณมีโรคความดันโลหิตสูง (hypertension) หากค่าความดันโลหิตของคุณนั้นมากกว่า 120/80 มิลลิเมตรปรอท แต่น้อยกว่า 140/90 มิลลิเมตรปรอท หมายความว่า คุณมีภาวะความดันโลหิตสูงเบื้องต้น (pre-hypertension)

## 2.2 ไมโครคอนโทรลเลอร์

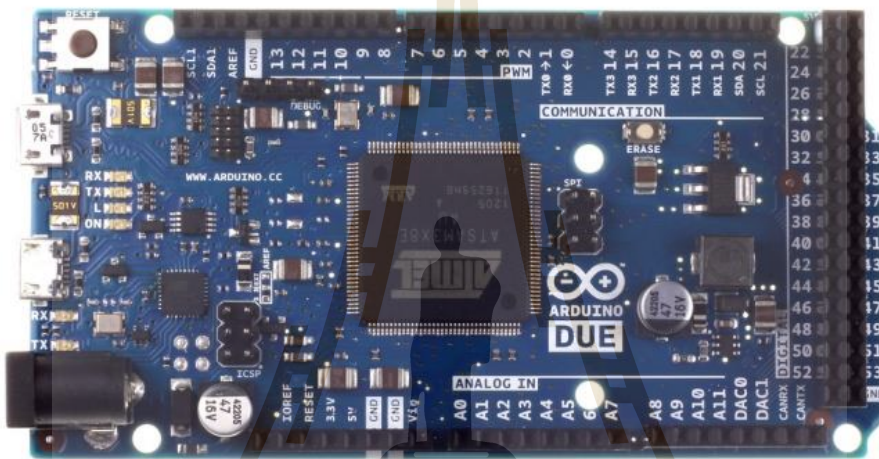
ไมโครคอนโทรลเลอร์คือ อุปกรณ์ที่มีหน่วยประมวลผลและความจำขนาดเล็กภายในตัวเอง สามารถรับส่งข้อมูลได้ทั้งแบบดิจิทัลและอนาล็อกใช้พลังงานน้อยทำให้เป็นที่นิยมในการใช้งานในรูปแบบที่เรียกว่า Embedded เช่น เครื่องใช้ไฟฟ้าอัจฉริยะทั้งหลาย Arduino คือ ไมโครคอนโทรลเลอร์ชนิดหนึ่ง ซึ่งเป็นแบบที่เรียกว่า Open Hardware คือ เป็นอุปกรณ์ที่มีส่วนประกอบที่เปิดเผย สามารถหาซื้อได้ง่าย มีราคาถูก มีซอฟต์แวร์ให้ใช้งานฟรีและสามารถนำไปใช้งานทั่วไป หรือแบบธุรกิจได้โดยไม่ต้องเสียค่าลิขสิทธิ์ ซึ่งมีการใช้งานอยู่ทั่วไปและสามารถพัฒนาได้ง่าย เพราะมีตัวอย่างมากมายและสามารถใช้คำสั่งเขียนโปรแกรมได้เหมือนโปรแกรมภาษาขั้นสูงทั่วไป ข้อดีของบอร์ด Arduino คือ ผู้ใช้งานสามารถต่อวงจรอิเล็กทรอนิกส์จากภายนอกเชื่อมต่อเข้ามาที่ ขา I/O ของบอร์ด หรือเลือกต่อกับบอร์ดเสริม (Shield) ประเภทต่างๆ เช่น Music Shield Relay Shield Wireless Shield GPRS Shield SD Card Shield มาเสียบกับบอร์ด ที่ ช่องอยู่บนบอร์ด Arduino แล้วเขียนโปรแกรมพัฒนาต่อได้เลย



### 2.2.1 บอร์ดไมโครคอนโทรลเลอร์ Arduino

Arduino เป็นบอร์ดไมโครคอนโทรลเลอร์ตระกูล AVR ที่มีการพัฒนาแบบ Open Source คือมีการเปิดเผยข้อมูลทั้งด้าน Hardware และ Software ตัว บอร์ด Arduino ถูกออกแบบมาให้ใช้งานได้ง่าย ดังนั้นจึงเหมาะสำหรับผู้เริ่มต้นศึกษา ทั้งนี้ผู้ใช้งานยังสามารถดัดแปลง เพิ่มเติม พัฒนาต่อยอดทั้งตัวบอร์ดหรือโปรแกรมต่อได้อีกด้วย

ความง่ายของบอร์ด Arduino ในการต่ออุปกรณ์เสริมต่างๆ คือผู้ใช้งานสามารถต่อวงจรอิเล็กทรอนิกส์จากภายนอกแล้วเชื่อมต่อเข้ามาที่ขา I/O ของบอร์ดหรือเพื่อความสะดวกสามารถเลือกต่อกับบอร์ดเสริม (Arduino Shield) ประเภทต่างๆ เช่น Arduino XBee Shield, Arduino Music Shield, Arduino Relay Shield, Arduino GPRS Shield เป็นต้น



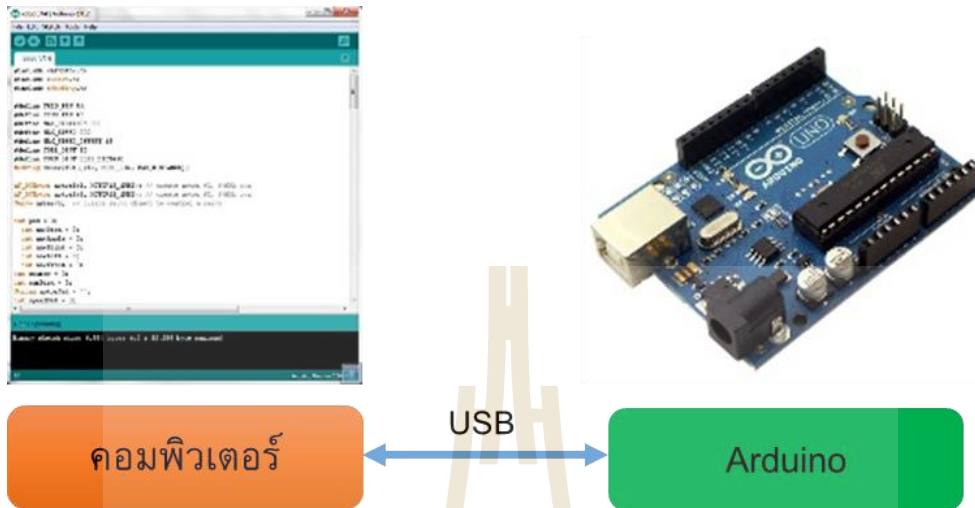
รูป 2.5 บอร์ดไมโครคอนโทรลเลอร์ Arduino

จุดเด่นที่ทำให้บอร์ด Arduino เป็นที่นิยม

1. ง่ายต่อการพัฒนา มีรูปแบบคำสั่งพื้นฐาน ไม่ซับซ้อนเหมาะสำหรับผู้เริ่มต้น
2. มี Arduino Community กลุ่มคนที่ร่วมกันพัฒนาที่แข็งแรง
3. Open Hardware ทำให้ผู้ใช้สามารถนำบอร์ดไปต่อยอดใช้งานได้หลายด้าน
4. ราคาไม่แพง
5. Cross Platform สามารถพัฒนาโปรแกรมบนระบบปฏิบัติการใดก็ได้

## 2.2.2 รูปแบบการเขียนโปรแกรมบน Arduino

เขียนโปรแกรมบนคอมพิวเตอร์ ผ่านทางโปรแกรม Arduino IDE ซึ่งสามารถดาวน์โหลดได้จาก [Arduino.cc/en/main/software](http://Arduino.cc/en/main/software)



รูป 2.6 การเขียนโปรแกรมบน Arduino

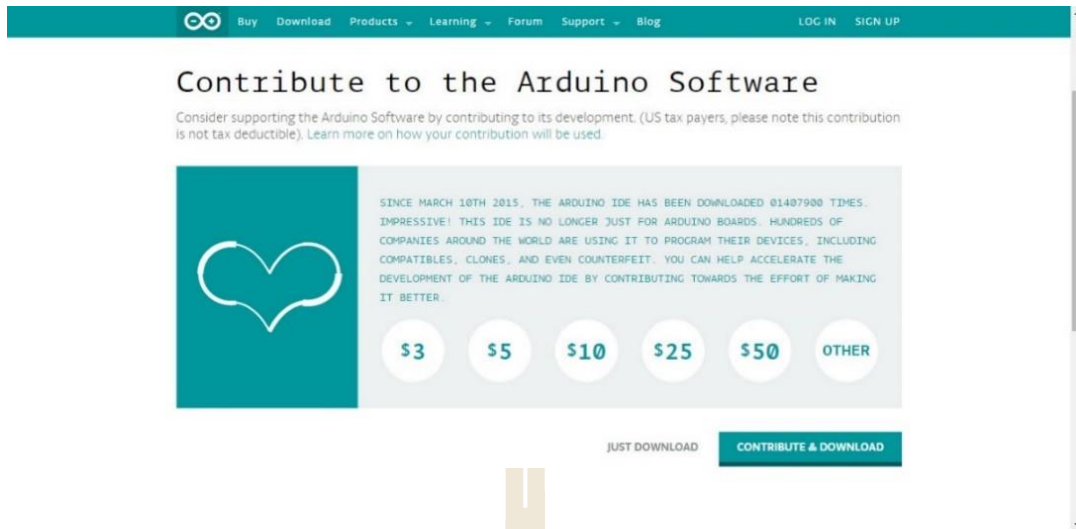
## 2.2.3 การติดตั้งโปรแกรมและไดร์เวอร์

Arduino จะใช้โปรแกรมที่เรียกว่า Arduino IDE ในการเขียนโปรแกรม และคอมไพเลอร์บอร์ด โดยขนาดของโปรแกรม Arduino โดยปกติแล้วจะใหญ่กว่าโค้ด AVR ปกติเนื่องจากโค้ด AVR เป็นการเข้าถึงจากรีจิสเตอร์โดยตรง แต่โค้ด Arduino เข้าถึงผ่านฟังก์ชัน เพื่อให้สามารถเขียนโค้ดได้ง่ายมากกว่าการเขียนโค้ดแบบ AVR ดาวน์โหลดไฟล์โปรแกรมได้จากเว็บไซต์ <http://www.arduino.cc/en/Main/Software> เลือกระบบปฏิบัติการที่ต้องการจะติดตั้ง (ตัวอย่างใช้ Windows 10 จึงเลือก Windows Installer)



รูป 2.7 การดาวน์โหลดโปรแกรม Arduino

จากนั้นจึงแสดงหน้าเชิญให้ร่วมบริจาค หากไม่ต้องการบริจาคสามารถคลิกปุ่ม JUST DOWNLOAD เพื่อเริ่มดาวน์โหลดโปรแกรมได้เลย

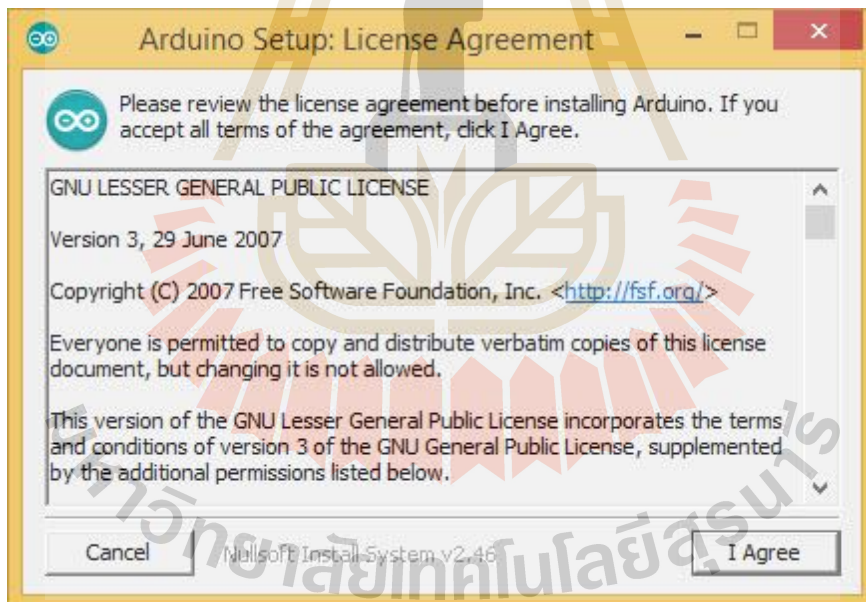


รูป 2.8 วิธีการดาวน์โหลดโปรแกรม Arduino

การดาวน์โหลดจะเริ่มขึ้นอัตโนมัติ และรอกจนกว่าการดาวน์โหลดจะเสร็จสิ้น แล้วจึงทำขั้นตอนถัดไป

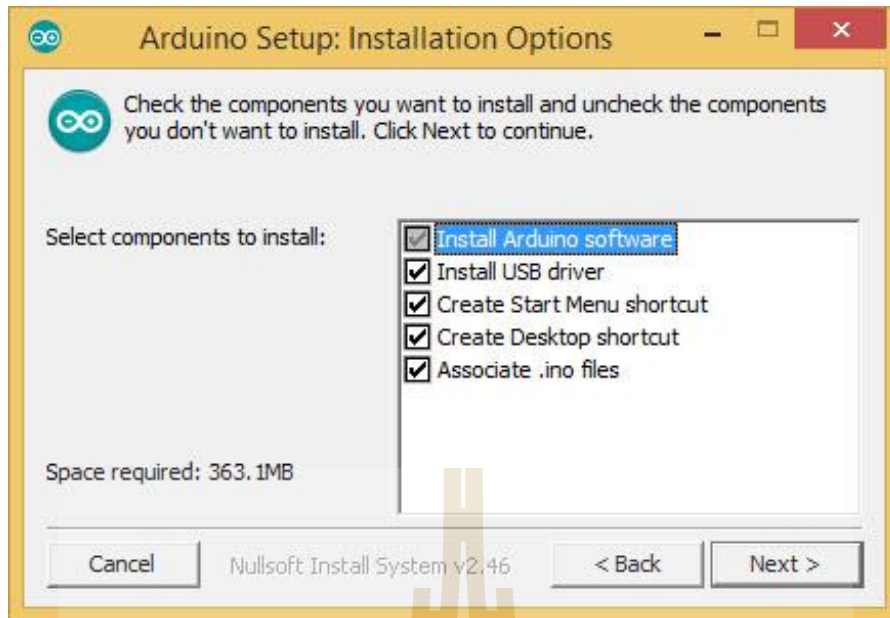
#### 2.2.4 การติดตั้งโปรแกรม Arduino IDE

เมื่อดาวน์โหลดเสร็จแล้วให้เปิดไฟล์ติดตั้งขึ้นมาได้เลย กดปุ่ม I Agree ได้เลย

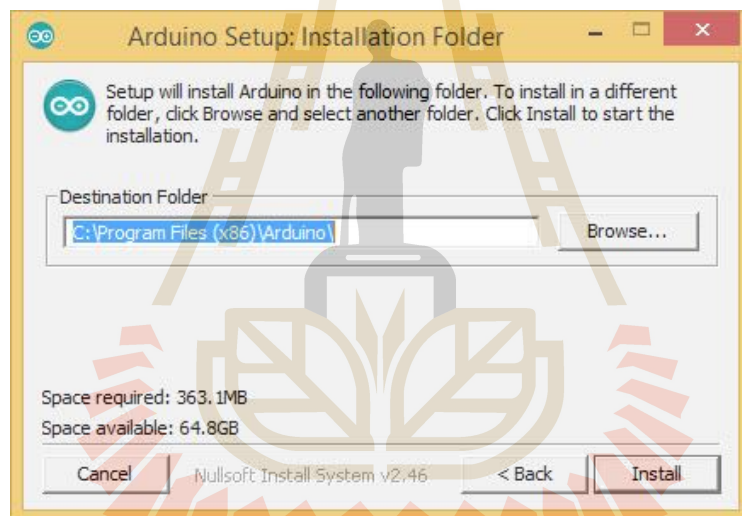


มีตัวเลือกให้เลือกติดตั้ง แนะนำให้เลือกทั้งหมด (ค่าเริ่มต้นคือเลือกทั้งหมด) แล้วคลิกปุ่ม

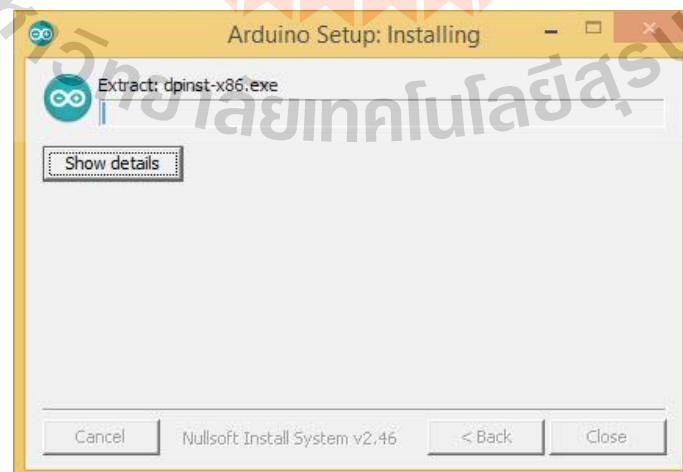
Next >



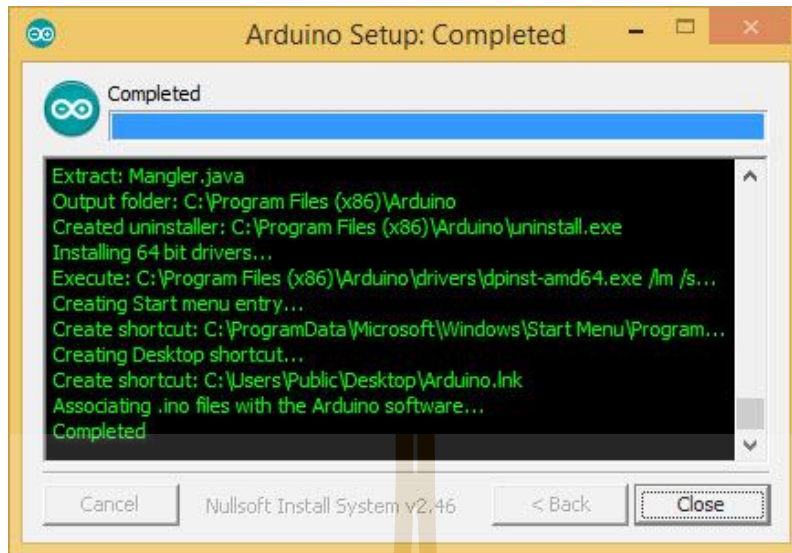
เลือกโพลเดอร์ติดตั้งโปรแกรม หากไม่ต้องการแก้ไขคลิกปุ่ม Install



รอนกว่าโปรแกรมจะติดตั้งเสร็จสิ้น



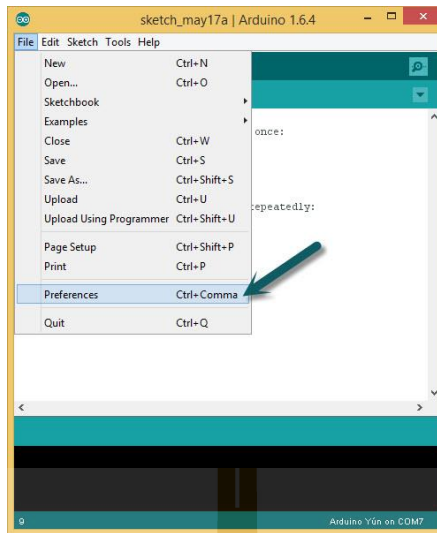
เมื่อขึ้นคำว่า Completed หมายถึงการติดตั้งเสร็จสมบูรณ์แล้ว คลิกปุ่ม Close เพื่อปิดโปรแกรมลงได้



หน้าต่างที่อปก็จะมีไอค่อนโปรแกรม Arduino ขึ้นมาแล้ว  
 การตั้งค่าโปรแกรม Arduino IDE  
 เมื่อเปิดโปรแกรม Arduino IDE ขึ้นมา จะพบกับหน้าต่างว่างๆ ดุง่ายๆ



เนื่องจากการดีบัคโค้ดจะใช้ระบุนรที่ติดพลาตเป็นส่วนใหญ่ แต่เจ้าหน้าที่โปรแกรมตันไม่  
 บอกหมายเลขบรรทัด เพราะฉะนั้นเราจึงต้องไปตั้งค่าให้แสดงหมายเลขบรรทัดขึ้นมา  
 กดเมนู File > Preferences



จะพบหน้าต่างง่ายๆ เมนูต่างๆ ที่สำคัญ มีดังนี้

Sketchbook - ที่อยู่ค่าเริ่มต้นของโฟลเดอร์โปรเจก

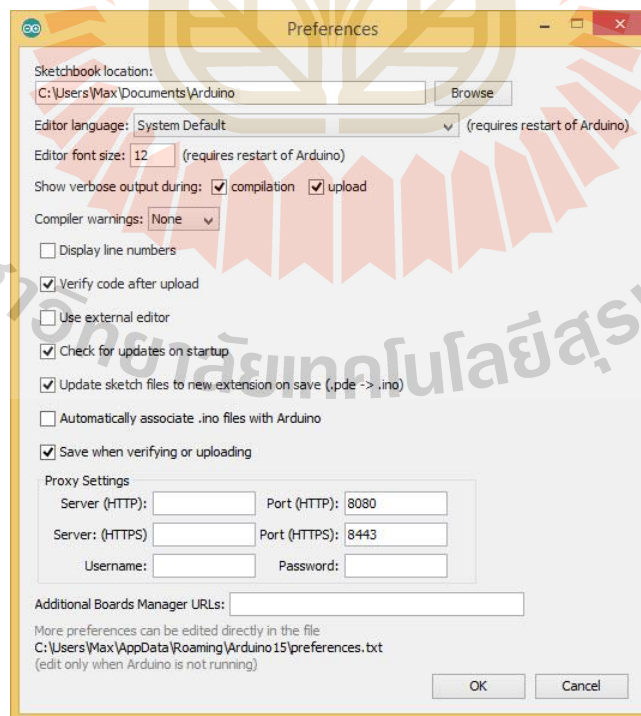
Editor font size - กรณีที่ได้ค้อมีตัวหนังสือที่เล็กมากๆ เราสามารถปรับให้ค่าเพิ่มมากขึ้นได้ เพื่อให้ตัวอักษรตัวใหญ่และอ่านง่ายขึ้น

Show verbose output during - ใช้ในกรณีที่จะให้โปรแกรมเมอร์ว่ามันทำอะไรอยู่พื้นหลัง เช่น ไปเรียกไฟล์โปรแกรมคอมไพล์ที่ไฟล์ไหน พาทไหน

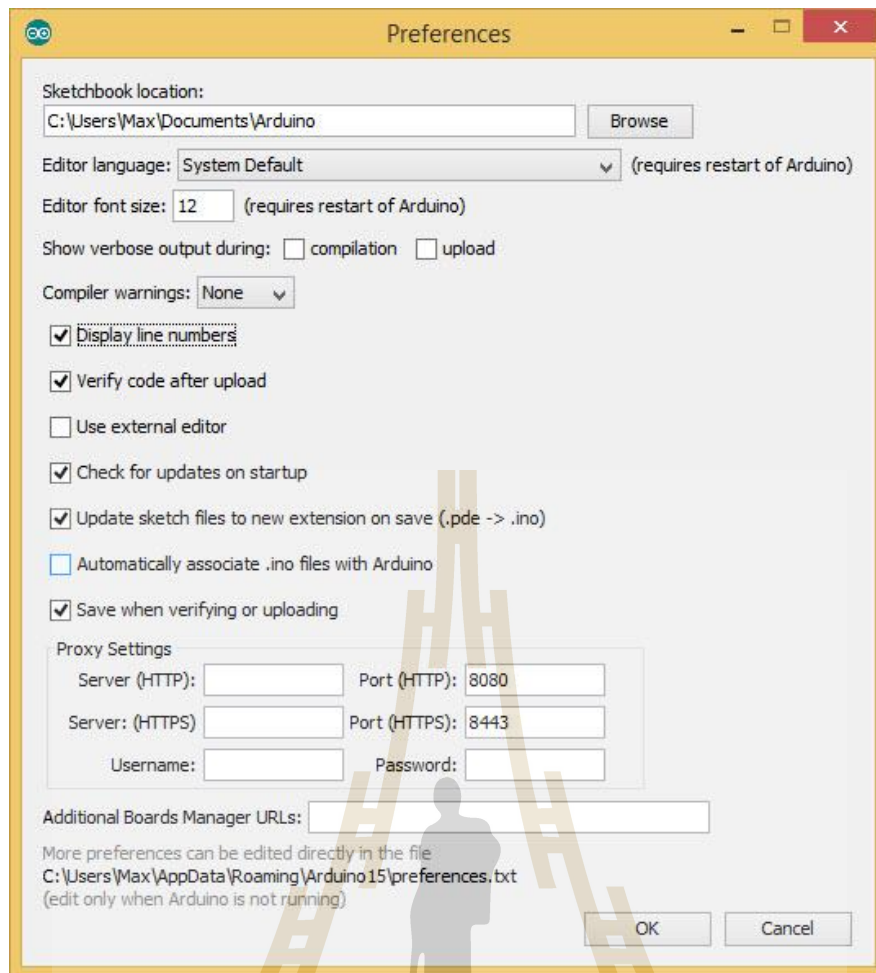
Display line number - แสดงหมายเลขบรรทัด

Check for updates on startup - ตรวจเช็คว่ามีอัปเดตใหม่หรือไม่ เมื่อเปิดโปรแกรม

Save when verifying or uploading - บันทึกโปรเจกทันทีที่ verifying หรือ uploading



ตัวอย่างเลือกการตั้งค่าดังนี้ และกด OK

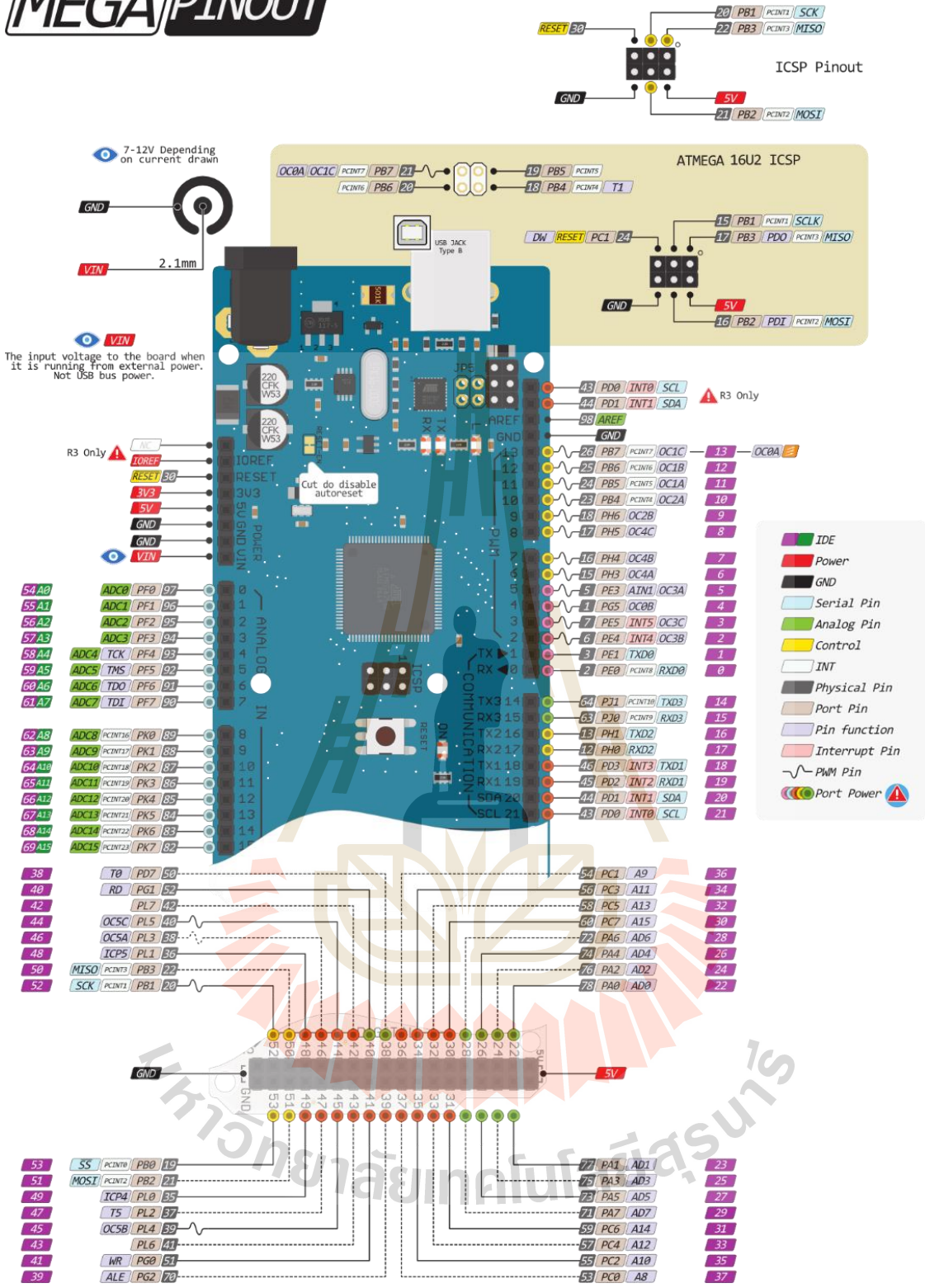


จะเห็นว่าหมายเลขบรรทัดมีแสดงขึ้นมาแล้ว เพราะได้เลือก Display line number ไว้

### 2.2.5 การใช้งานบอร์ด Arduino Mega 2560

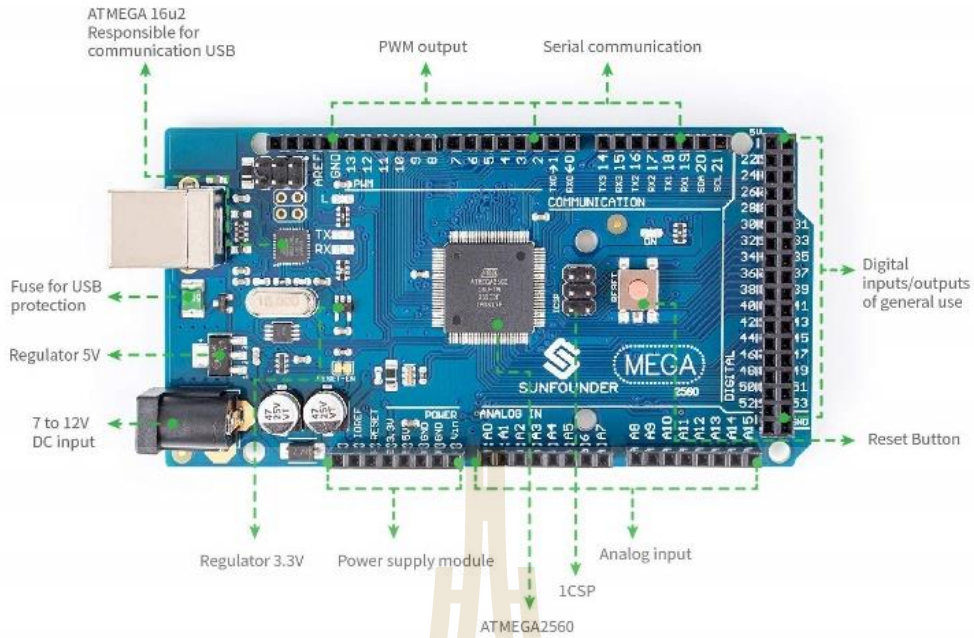
Arduino Mega 2560 บอร์ดรุ่นใหญ่ในของตระกูล Arduino มีคุณสมบัติต่างๆ เพิ่มขึ้นจาก Arduino Uno R3 ใช้ชิพ ATmega2560 ที่มีหน่วยความจำแฟลช 256 KB แรม 8 KB ใช้ไฟเลี้ยง 7 ถึง 12 V แรงดันของระบบอยู่ที่ 5 V มี Digital Input / Output มากถึง 54 ขา (เป็น PWM ได้ 14 ขา) มี Analog Input 16 ขา Serial UART 4 ชุด I2C 1 ชุด SPI 1 ชุด เขียนโปรแกรมบน Arduino IDE และโปรแกรมผ่าน USB เหมาะสำหรับผู้ที่สนใจเริ่มต้นเรียนรู้การพัฒนาไมโครคอนโทรลเลอร์ที่ต้องการบอร์ด Arduino ที่มีหน่วยความจำและขาสัญญาณต่างๆ ให้ต่อใช้งานมากขึ้น

# MEGA PINOUT



รูป 2.9 ส่วนประกอบของบอร์ด Arduino Mega 2560

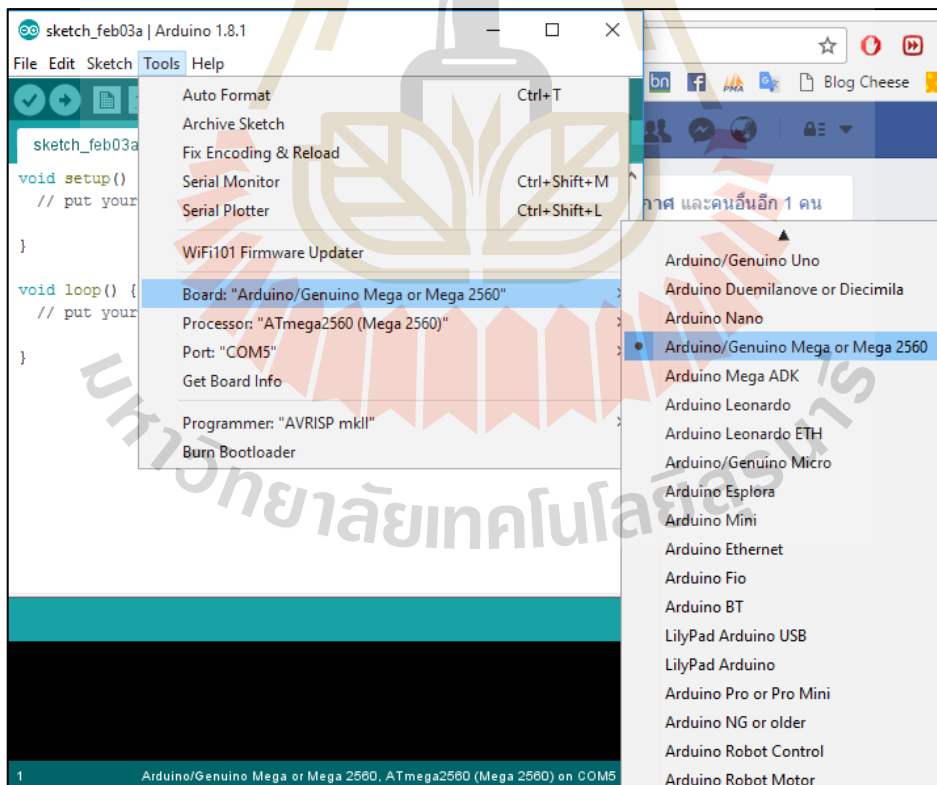




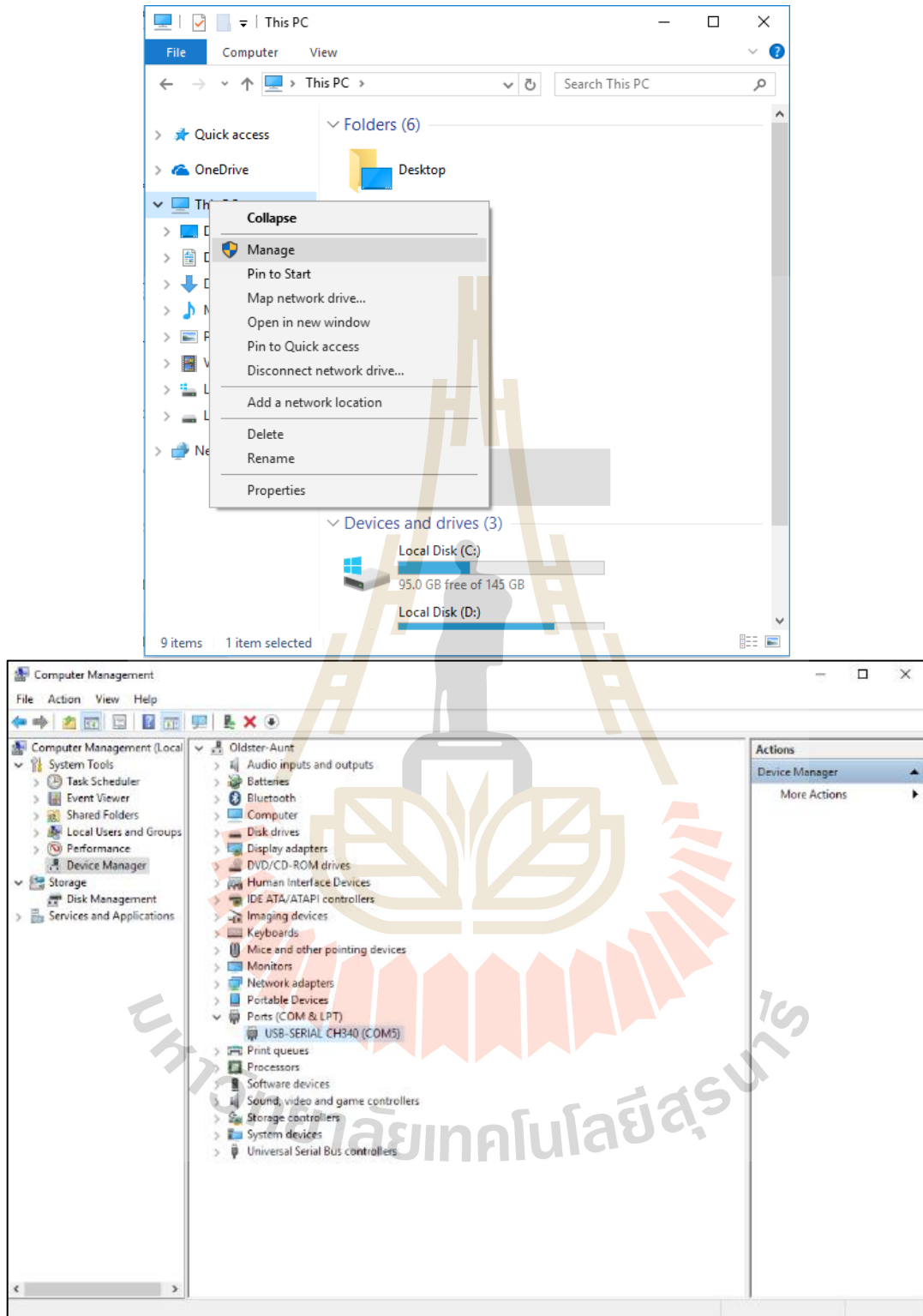
รูป 2.10 บอร์ด Arduino Mega 2560

การติดตั้งบอร์ด Arduino MEGA 2560 บนโปรแกรม Arduino IDE

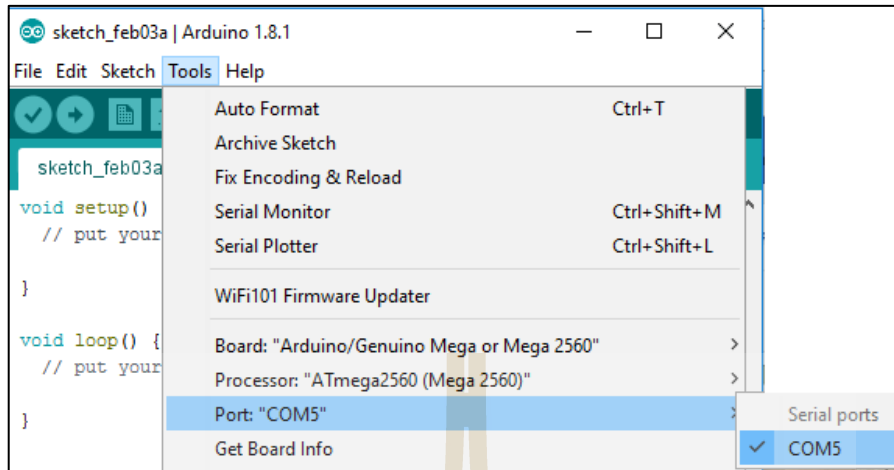
1. เปิดโปรแกรม Arduino IDE และไปที่ Tools => Board => Arduino/Genuino Mega or Mega 2560



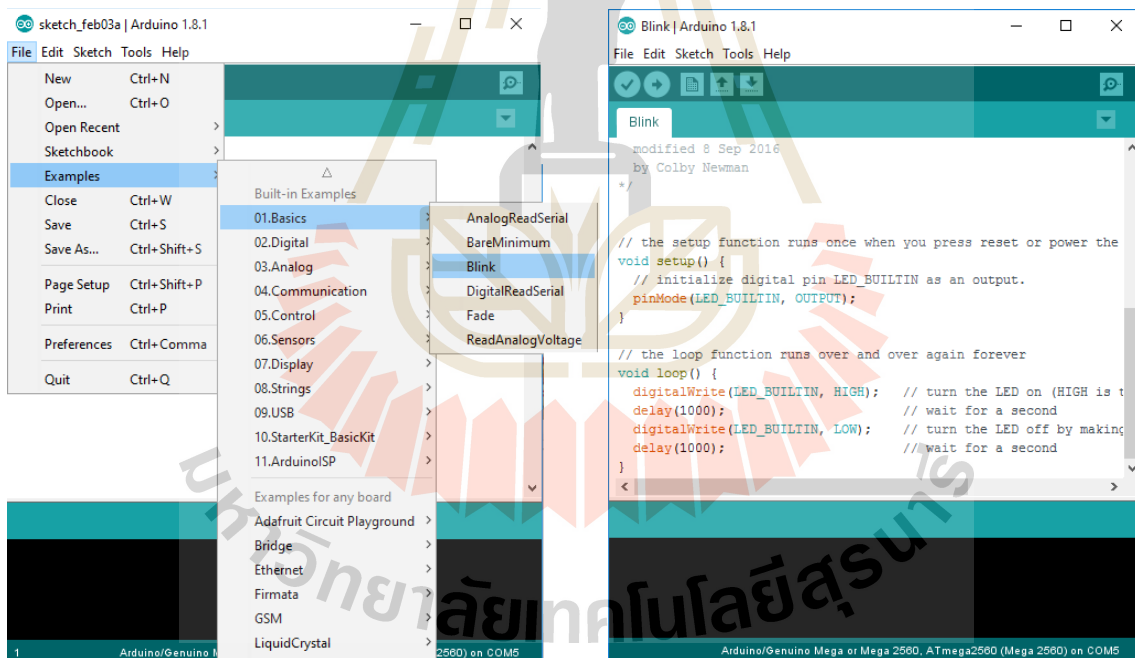
2. เลือก Port ให้ตรงกับ เครื่องเราโดยสามารถตรวจสอบได้ที่ คลิกขวา My Computer -> Manager -> Device Manager ->Ports (COM & LPT) สังเกต วงเล็บด้านท้ายจะมี Port Com แสดงให้เห็น



3. ต่อบอร์ด Arduino MEGA 2560 กับ USB port ให้เรียบร้อย และเลือก COM port ให้ตรงกับบอร์ด



4. ในขั้นตอนนี้ เราจะทดลองเขียนโปรแกรมให้หลอดไฟ LED บนบอร์ดกระพริบเพื่อทดสอบการทำงานของบอร์ดเบื้องต้นดังนี้



5. คอมไพล์ (Compile) โดยคลิกที่ปุ่ม  เพื่อตรวจสอบว่าโค้ดที่เขียนไม่มีข้อผิดพลาด หากไม่มีข้อผิดพลาด จะปรากฏข้อความว่า “Done compiling”




```

sketch_aug28a $
1 #define LED 13
2 void setup()
3 {
4   pinMode(LED, OUTPUT);
5 }
6 void loop()
7 {
8   digitalWrite(LED, HIGH);
9   delay(250);
10  digitalWrite(LED, LOW);
11  delay(250);
12 }
  
```

Compiling sketch...

C:\Users\ANONEY\_PC\Desktop\TESR Academy\NodeMCU\_ESP8266\NodeMCU ES

12 Arduino/Genuino Mega or Mega 2560, ATmega2560 (Mega 2560) on COM8

6. จากนั้นให้ทำการคลิกที่ปุ่ม  เพื่อทำการอัปโหลดโค้ดเข้าสู่บอร์ด Arduino Mega 2560



```

sketch_aug28a $
1 #define LED 13
2 void setup()
3 {
4   pinMode(LED, OUTPUT);
5 }
6 void loop()
7 {
8   digitalWrite(LED, HIGH);
9   delay(250);
10  digitalWrite(LED, LOW);
11  delay(250);
12 }
  
```

Uploading...

Sketch uses 1,460 bytes (0%) of program storage space. Maximum is 32,768 bytes.  
Global variables use 9 bytes (0%) of dynamic memory, leaving 2,048 bytes for local variables.  
Maximum stack size is 8,192 bytes (16% of 51,200 bytes total RAM). Maximum constant pool size is 1,024 bytes (2% of 51,200 bytes total RAM).

12 Arduino/Genuino Mega or Mega 2560, ATmega2560 (Mega 2560) on COM8

7. หากไม่มีข้อผิดพลาด จะขึ้นคำว่า “Done uploading” และไฟบนบอร์ดจะกระพริบทุกๆ 250 ms (2 ครั้งต่อวินาที)

```

sketch_aug28a | Arduino 1.6.11
File Edit Sketch Tools Help

sketch_aug28a $
1 #define LED 13
2 void setup()
3 {
4   pinMode(LED, OUTPUT);
5 }
6 void loop()
7 {
8   digitalWrite(LED, HIGH);
9   delay(250);
10  digitalWrite(LED, LOW);
11  delay(250);
12 }

Done uploading.

Sketch uses 1,460 bytes (0%) of program storage space. Maximum is
Global variables use 9 bytes (0%) of dynamic memory, leaving 8,183

Arduino>reset: Mega or Mega 2560, ATmega2560 (Mega 2560) on COM8

```

### 2.3 เซนเซอร์วัดความดันอากาศ

เซนเซอร์วัดความดันเป็นอุปกรณ์ที่ตรวจจับความดันและแปลงค่าเป็นสัญญาณไฟฟ้าอะนาล็อก ซึ่งความแรงสัญญาณจะเปลี่ยนไปตามความดันที่ได้รับ ความดันจะถูกกำหนดเป็นแรงต่อหน่วยพื้นที่ซึ่งของเหลวมีแรงกระทำต่อพื้นที่รอบข้าง เนื่องจากความดันถูกเปลี่ยนเป็นสัญญาณไฟฟ้า เซนเซอร์จึงมีชื่อเรียกอีกอย่างหนึ่งว่าทรานสดิวเซอร์ความดัน

ความดันสัมบูรณ์จะถูกวัดในสภาวะสุญญากาศสมบูรณ์ ตัวอย่างเช่น ความดันบรรยากาศ หน่วยในการวัดคือปอนด์ต่อตารางนิ้วสัมบูรณ์ (psia) ความดันต่างคือความแตกต่างของความดันระหว่างสองจุดการวัด หน่วยในการวัดคือปอนด์ต่อตารางนิ้วที่ต่างกัน (psid) ความดันเกจจะถูกวัดตามความดันในสภาพแวดล้อม ตัวอย่างเช่นความดันเลือด หน่วยวัดคือความดันต่อตารางนิ้วเกจ (psig)

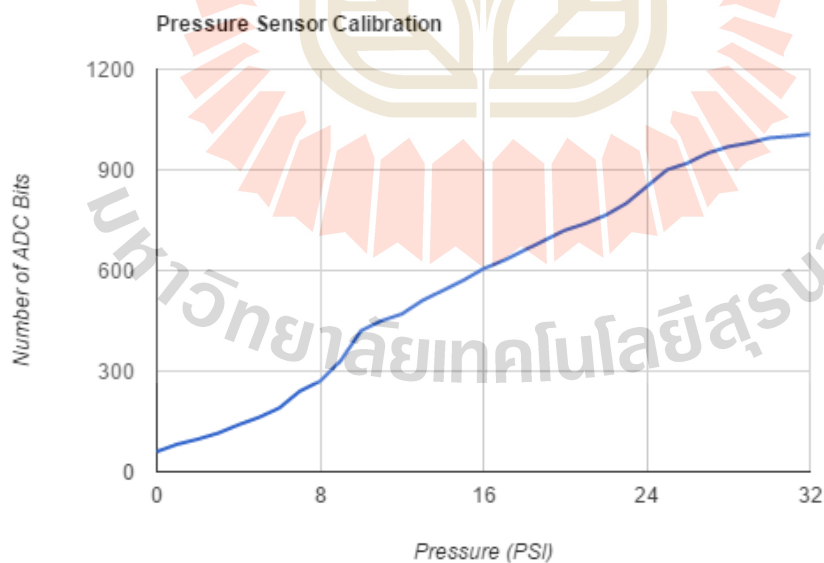
หน่วย SI สำหรับแรงดันคือปาสคาล (นิวตัน/ตารางเมตร) แต่ยูนิตที่ได้รับความนิยมอื่นๆ ยังรวมถึงปอนด์ต่อตารางนิ้ว (PSI) บรรยากาศ (atm) บาร์ นิ้วปรอท (นิ้วปรอท) และมิลลิเมตรปรอท (มม. ปรอท)

เซนเซอร์ความดันถูกใช้อย่างแพร่หลายในยานยนต์ การผลิต อากาศยาน การวัดทางชีวการแพทย์ ระบบประปา การวัดไฮดรอลิกส์ ฯลฯ ในอุตสาหกรรมยานยนต์ เซนเซอร์ความดันคือส่วนประกอบสำคัญของเครื่องยนต์และความปลอดภัย เซนเซอร์เหล่านี้ในเครื่องยนต์จะตรวจสอบแรงดันน้ำมันและสารหล่อเย็น รวมทั้งควบคุมกำลังของเครื่องยนต์ต้องส่งออกมาเพื่อให้ได้ความเร็วที่ต้องการเมื่อเหยียบคันเร่งหรือเบรครถยนต์ เครื่องมือเช่น เครื่องวัดความดันเลือดดิจิทัลหรือเครื่องช่วยหายใจ จะใช้เซนเซอร์แรงดันเพื่อกำหนดความดันให้เหมาะสมกับสุขภาพและความต้องการของผู้ป่วย



รูป 2.11 เซนเซอร์วัดความดันอากาศแรงดันน้ำ  
Liquid-Air Pressure Sensor Module 0-40kpa สำหรับ Arduino

เซนเซอร์วัดความดัน สำหรับ Arduino ส่งค่าสัญญาณ ออกมาเป็น Analog วัดความดันได้อากาศ 0-40kpa เซนเซอร์วัดแรงดัน 0-40 kpa สำหรับวัดแรงดันอากาศ วัดแรงดันน้ำ คำนวณระดับน้ำจากแรงดันใช้ชิพ AD Sampling ความละเอียดสูง เซนเซอร์เชื่อมต่อกับสายขนาด 2-2.5mm ใช้ไฟเลี้ยง 3.3-5V ให้ค่าเอาต์แบบ Analog ใช้ Arduino Uno แปลงเป็นค่า PSI ระหว่าง 0-32 จะได้ค่าเลข 61-1006 ดังกราฟนี้



รูป 2.12 กราฟแสดงคุณสมบัติของค่าแรงดัน (PSI) เทียบกับค่าแรงดัน (ADC)

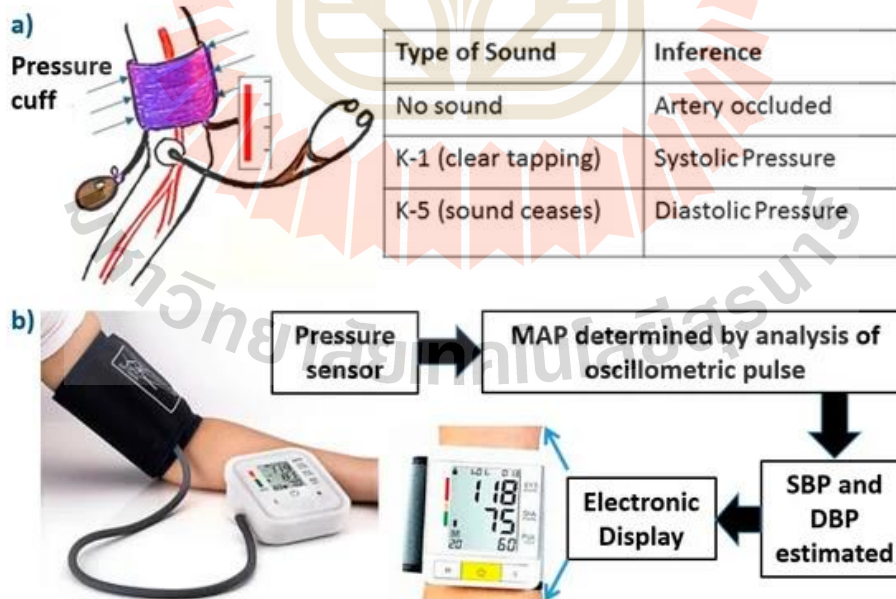
## 2.4 เครื่องวัดความดันอิเล็กทรอนิกส์

เครื่องวัดความดันโลหิตอิเล็กทรอนิกส์ (Electronic Blood Pressure Monitor) เป็นเครื่องมือสำหรับวัดความดันต้นแขนแบบดิจิทัล แสดงผลเป็นตัวเลขที่หน้าจอพร้อมกับอัตราการเต้นของหัวใจ



รูป 2.13 เครื่องวัดความดันโลหิตอิเล็กทรอนิกส์

### 2.4.1 การวัดและการวิเคราะห์ความดันโลหิตของเครื่องวัดความดันโลหิตอิเล็กทรอนิกส์ (Electronic Blood Pressure Monitor)



รูป 2.14 ภาพแสดงตัวอย่างการการวัดและการวิเคราะห์ความดันโลหิต

## หลักการวัดเครื่องวัดความดันโลหิต

1. นำ Cuff มาพันรอบโครงสร้างที่มี artery ที่เราต้องการวัด ที่ใช้บ่อยที่สุดคือ Brachial artery ของต้นแขนนั่นเอง หลังจากนั้นเราจะบีบลมเข้าไป ซึ่ง Cuff จะมีความดันสูงขึ้นเรื่อยๆ โดยที่เราสามารถสังเกตความดันของ Cuff ที่รัดต้นแขนได้จากเกจของปรอท โดอนเราจะบีบลมจนกระทั่งความดันของ Cuff น่าจะสูงกว่าความดันสูงสุดของคนไข้แล้ว ซึ่งก็คือ Systolic blood pressure

2. หลังจากนั้นเราจะค่อยๆ ปลดปล่อยลมออกจาก Cuff ทำให้ความดัน Cuff ลดลงอย่างช้าๆ แล้วเราจะใช้ Stethoscope คอยฟังเสียงของเลือดที่ไหลผ่านบริเวณนี้ แล้วบันทึกออกมาเป็นความดัน Systolic และ Diastolic

3. หลักการที่ต้องใช้ในการทำความเข้าใจเรื่องนี้คือ ความดันที่คอยเปิดหลอดเลือด (Transmural pressure) โดยเราจะขอใช้ model ที่ง่ายที่สุดก่อน คือ ถ้าความดันภายในหลอดเลือด สูงกว่าความดันภายนอกหลอดเลือด (Positive transmural pressure) เลือดจะสามารถดันให้ lumen ของหลอดเลือดยังคงอยู่ได้ แต่ถ้าความดันภายในหลอดเลือด น้อยกว่าความดันนอกหลอดเลือด (Negative transmural pressure) เลือดจะไม่สามารถดันให้ lumen ของหลอดเลือดคงอยู่ได้ หลอดเลือดจะตีบและปิดไปนั่นเอง

4. ความดันในหลอดเลือดก็คือความดันเลือดนั่นเอง ซึ่งความยากคือ ความดันเลือดมันไม่คงที่ มันมีการเพิ่ม-ลด ตลอดเวลาตาม Cardiac cycle โดยจุดสูงสุดของความดันก็คือ Systolic blood pressure (SBP) จุดต่ำสุดคือ Diastolic blood pressure (DBP) ดังนั้นถ้าเรามองกราฟระหว่างความดันเลือดกับเวลา (ดังภาพ) เราจะเห็นเส้นกราฟความดัน swing ขึ้นลงตลอด

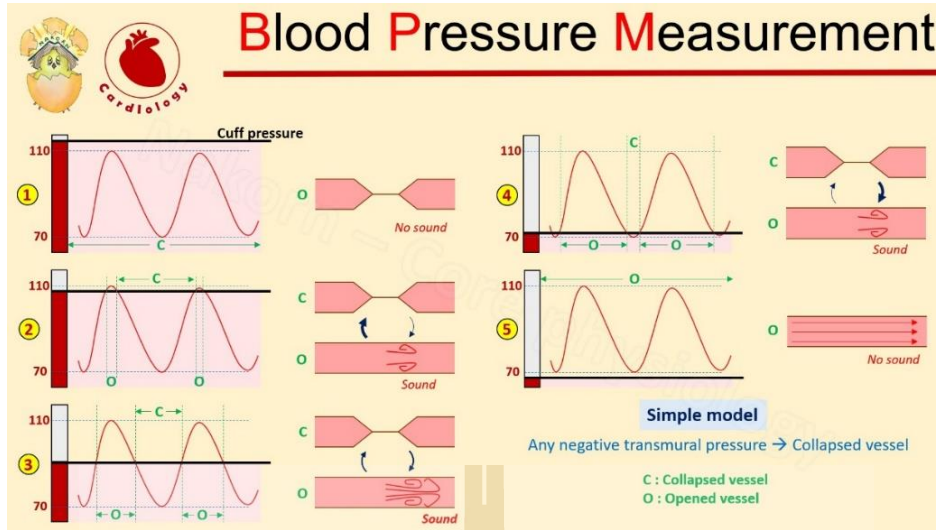
5. ในขณะที่ความดันนอกหลอดเลือด มันก็คือความดัน Cuff ที่เราใส่ลมไปนั่นเอง

6. ปกติถ้าเราเอา Stethoscope มาวางไว้ที่หลอดเลือดใด เราจะไม่ได้ยินเสียงใดๆเลย เพราะเลือดไหลแบบ Laminar flow กล่าวคือ เลือดในแต่ละ layer จะไม่มีการวิ่งชนกัน ต่างคนต่างไหล ไม่มีการเปลี่ยนแปลง

7. เราจะได้ยินเสียงเลือดไหลก็ต่อเมื่อ โมเลกุลเลือดมีการไหลชนกัน ซึ่งจะเกิดในการไหลแบบ Turbulent flow ซึ่งการไหลแบบ Turbulent flow จะเจอในหลอดเลือดที่มีจุดตีบ เพราะหลอดเลือดมีการเปลี่ยนแปลงเส้นผ่านศูนย์กลางแบบเฉียบพลัน (จากเดิมหลอดเลือดมีค่าเส้นผ่านศูนย์กลาง ค่าหนึ่ง พอไหลมาถึงจุดตีบ เส้นผ่านศูนย์กลางจะลดลงเฉียบพลันเป็นช่วงสั้นๆ) ทำให้เลือดที่ไหลผ่านจุดตีบนั้นถูกรังให้เร็วขึ้น พอพ้นจุดตีบไปก็จะเกิดการไหลแบบ Turbulent flow

8. Turbulent flow ยังเกิดในอีกกรณีหนึ่ง ซึ่งเราจะต้องนำมาใช้ในบทความนี้ นั่นคือ หลอดเลือดที่มีการเปลี่ยนแปลงเส้นผ่านศูนย์กลางตามเวลา พูดให้เข้าใจง่ายคือ เหมือนเราเอานิ้วกดหลอดเลือดให้ตีบ แล้วปล่อย จากกดอีก แล้วปล่อย สลับไปแบบนี้ตลอด ทำให้ช่วงที่หลอดเลือดเปลี่ยนจากตีบ มาเป็นไม่ตีบ จะมีการเปลี่ยนแปลง layer การไหลของเลือดจนเกิด Turbulent flow แล้วชนกันจนเกิดเสียงนั่นเอง ซึ่งเราจะเรียกเสียงดังกล่าวว่า Korotkoff sound เพื่อให้เกียรติแก่ Nikolai Korotkoff ที่คิดค้นการวัดความดันเลือด โดยวิธีการฟังเสียงนี้ ในปี 1905





รูป 2.15 กราฟแสดงและขั้นตอนการวิเคราะห์ค่าความดันโลหิต

### หลักการวิเคราะห์ค่าความดันโลหิต

1. เมื่อเพิ่มความดัน Cuff pressure ขึ้นไปสูงกว่า SBP ( $> 110$  mmHg) ทำให้ตลอดช่วงเวลาของ Cardiac cycle ไม่ว่าความดันจะ swing ขึ้น-ลงก็ตาม ความดันเลือดก็ต้องอยู่ระหว่าง 70 ถึง 110 ทำให้ความดันภายนอก (ของ cuff) ชนะความดันภายใน (ความดันเลือด) เสมอ ดังนั้นจึงเกิด Negative transmural pressure ตลอด ทำให้หลอดเลือดตีบตลอด จึงไม่เกิดการไหลของเลือดผ่านบริเวณนี้ จึงไม่ได้ยินเสียงใดๆ
2. เมื่อเราปล่อยให้ความดัน Cuff ลดลงต่ำกว่า SBP เล็กน้อย จะเห็นว่าจะมีบางช่วง (ช่วง O) ที่มี Positive transmural pressure ทำให้หลอดเลือดเปิดแปบหนึ่ง เลือดจึงสามารถไหลผ่านได้ จากนั้นพอความดันเลือด swing ลงไปต่ำกว่าความดัน cuff ก็เกิด Negative transmural pressure (ช่วง C) ทำให้หลอดเลือดกลับมาตีบอีกครั้ง ทำให้เลือดไม่สามารถผ่านได้ ดังนั้นหลอดเลือดในภาพนี้ จะมีการเปิด-ปิดตลอด ซึ่งช่วงสั้นเวลาที่หลอดเลือดเปลี่ยนจาก ปิด มาเป็น เปิด เลือดที่เริ่มไหลผ่านจุดนี้ไป จะไหลแบบ Turbulent flow ทำให้เราสามารถฟังเสียงได้นั่นเอง แต่เนื่องจากช่วงหลอดเลือดเปิดนั้นสั้นมาก จึงทำให้เสียงที่เราได้ยินนั้นค่อนข้างเบา ซึ่งเหตุการณ์หลอดเลือด เปิด-ปิด นี้จะเกิดก็ต่อเมื่อความดัน Cuff เริ่มต่ำกว่า SBP ทำให้ทันทีที่เราเริ่มฟังเสียงฟูแรกได้ ความดัน cuff ณ ค่านั้น คือความดัน SBP ทันที เพราะเป็นความดันค่าแรกที่เริ่มทำให้ความดันเลือดชนะได้
3. เมื่อเราปล่อยให้ความดัน cuff ลดลงเรื่อยๆ จนอยู่ระหว่างกลางระหว่าง SBP, DBP จะเห็นว่าความดันเลือดที่ swing ขึ้น-ลงนั้น จะมีช่วงที่ Positive transmural pressure มากขึ้นเรื่อยๆ จนพอกับช่วง Negative transmural pressure ดังนั้นหลอดเลือดในช่วงนี้จะมีช่วงเปิด-ปิด พอกๆกัน และแน่นอนว่าช่วงที่หลอดเลือดเปลี่ยนจาก ปิด ไปเป็น เปิด ก็เกิดเสียงให้เราได้ยินนั่นเอง โดยเสียงจะดังกว่าภาพที่ 2 เพราะคราวนี้ช่วงเวลาที่เปิดมีมากขึ้น ร่วมกับปัจจัยทางกลศาสตร์ของไหลอื่นๆ
4. เมื่อเราปล่อยให้ความดัน cuff ลดลงจนเกือบจะถึง DBP แล้ว จะเห็นว่าช่วงเวลาส่วนใหญ่จะเป็นช่วงที่หลอดเลือดเปิด สลับกับปิดแปบเดียว เสียงที่เกิดขึ้นก็จะเริ่มเบาลง เพราะว่าช่วงที่ cuff ปิดหลอดเลือดมีแปบเดียว ทำให้ flow ที่ผ่านจุดนี้ถูกรบกวนน้อยมาก

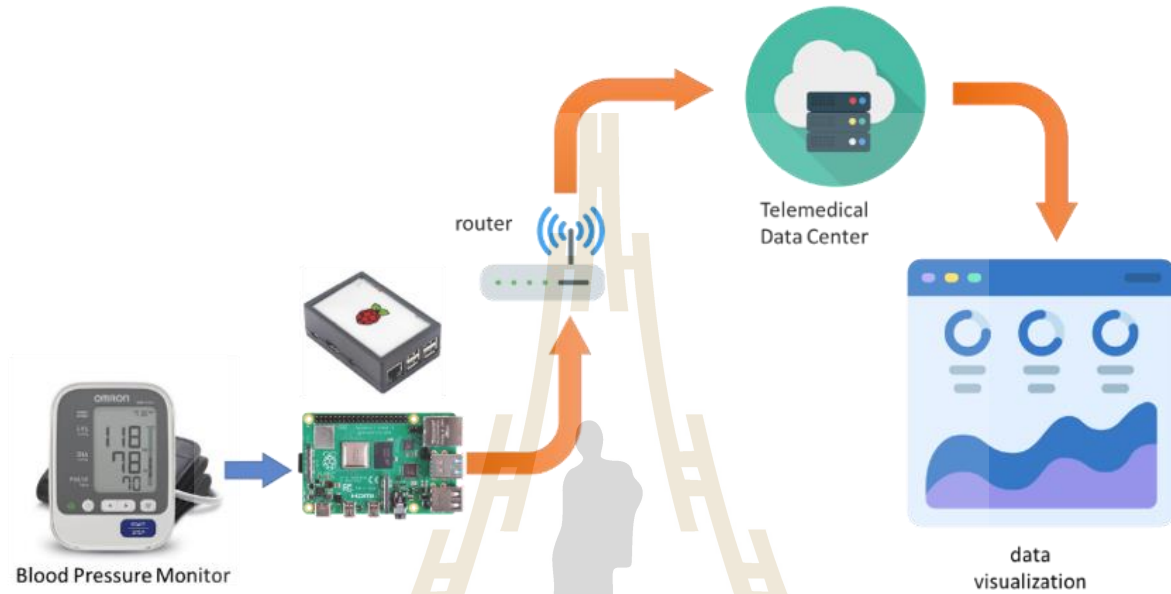
5. เมื่อเราปล่อยสมจนวนกระทั่งความดันต่ำกว่า DBP จะทำให้ตลอดช่วง cardiac cycle เกิด positive transmural pressure ตลอด หลอดเลือดจะไม่ถูกบีบอีกต่อไป ทำให้การไหลกลับมาไหลแบบ Laminar flow ซึ่งไม่เกิดเสียงในที่สุด ดังนั้นช่วงรอยต่อระหว่างภาพที่ 4 กับ 5 จึงถือว่าเป็นค่าความดัน DBP นั้นเอง



# บทที่ 3

## วิธีดำเนินการวิจัย

### 3.1 การวิเคราะห์ระบบ

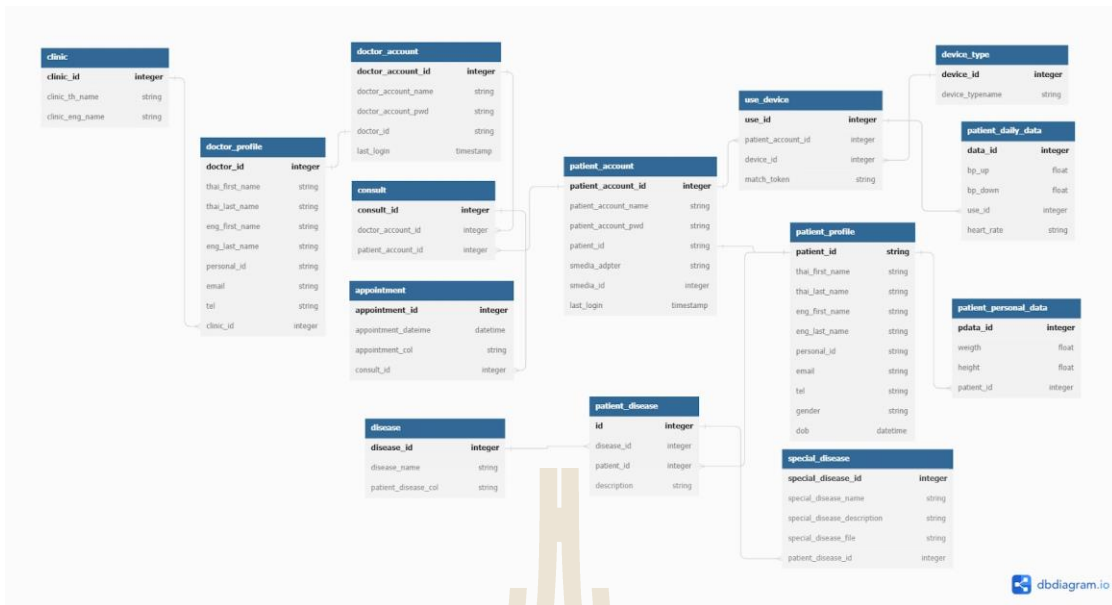


รูป 3.1 ระบบการส่งข้อมูลเครื่องวัดความดันไปยังระบบ Cloud Server

การศึกษางานวิจัยนี้ มุ่งเน้นการพัฒนาระบบศูนย์กลางโทรเวชกรรมทั้งในส่วน Mobile Application และ Web Application เพื่อให้สามารถรับข้อมูลสุขภาพจากผู้ใช้งานเครื่องวัดความดันโลหิตเครื่องต้นแบบผ่านอุปกรณ์ IOT ที่ถูกพัฒนาขึ้น โดยสามารถส่งค่าความดันโลหิตตัวบนและตัวล่างผ่านระบบเครือข่ายอินเทอร์เน็ต และจะถูกบันทึกลงในฐานข้อมูล (Cloud Server)

สำหรับผู้ใช้งานสามารถ สามารถดูข้อมูลสุขภาพย้อนหลังของตนเองได้ผ่าน Mobile Application ที่ได้มีการลงทะเบียนไว้ และอีกทางหนึ่ง แพทย์หรือพยาบาลสามารถดูข้อมูลสุขภาพของผู้ป่วยย้อนหลังได้เช่นกันผ่าน Web Application

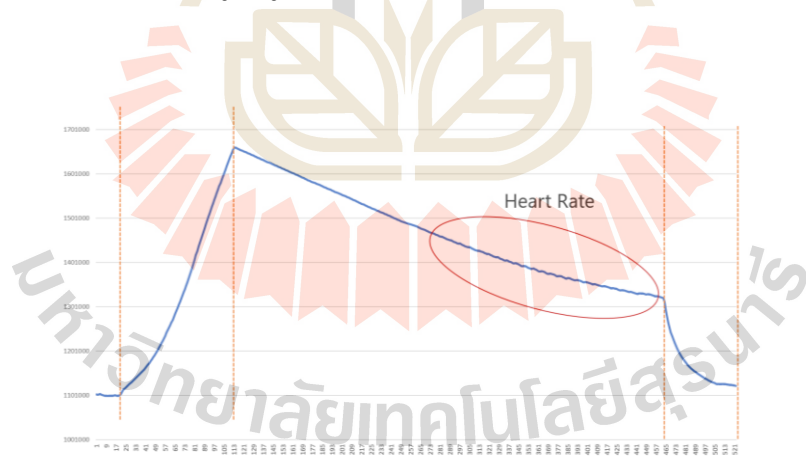
ผู้วิจัยได้ออกแบบระบบฐานข้อมูล เพื่อให้การทำงานของระบบศูนย์กลางโทรเวชกรรม สามารถทำงานร่วมกับอุปกรณ์ IOT ที่พัฒนาขึ้นได้อย่างมีประสิทธิภาพ



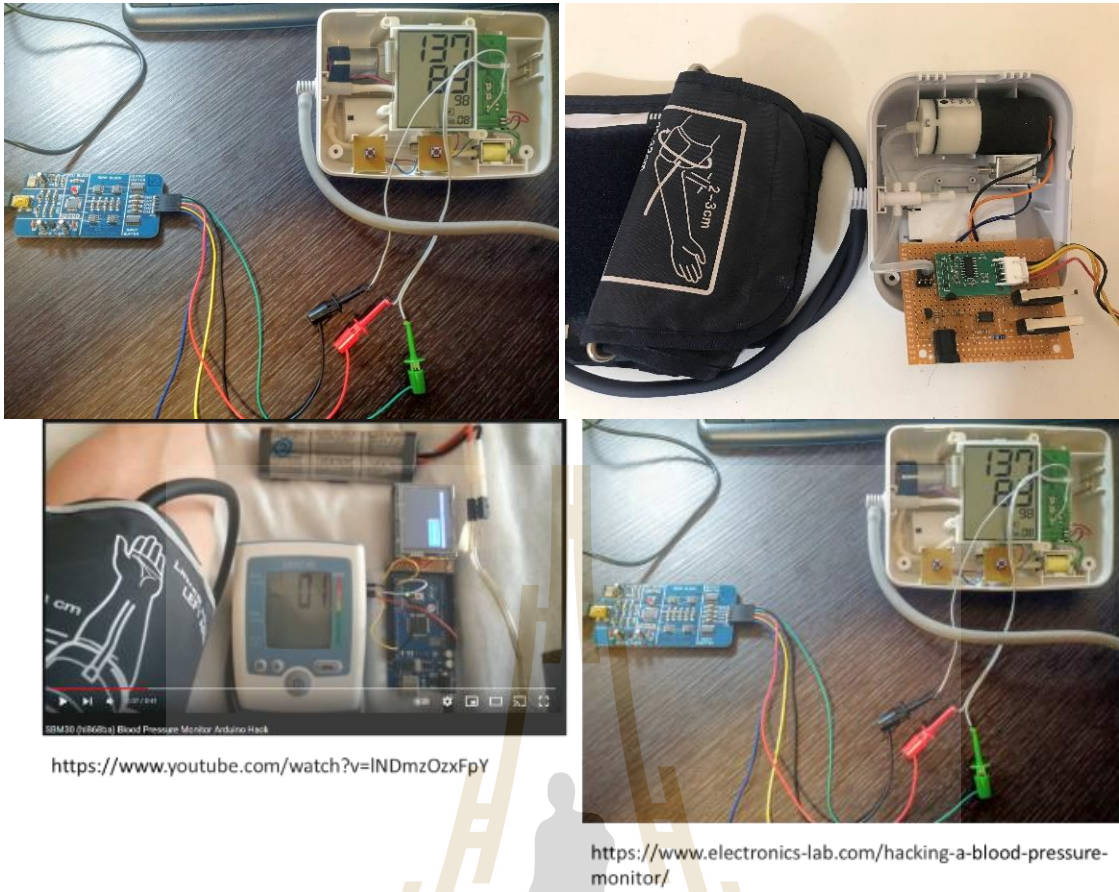
รูป 3.2 ออกแบบระบบฐานข้อมูลเพื่อสร้าง Mobile Application และ Web Application

### 3.2 วิเคราะห์ข้อมูล

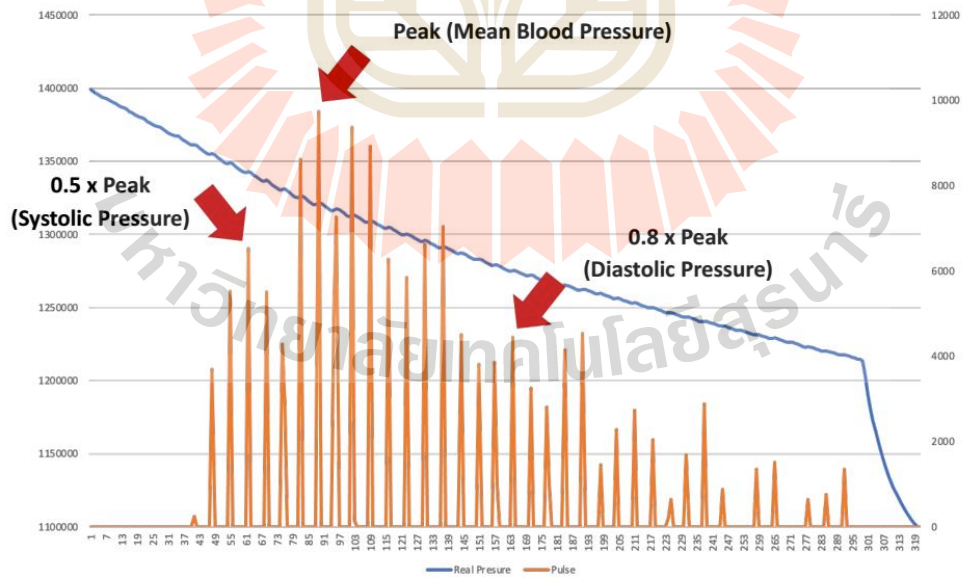
3.2.1 ผู้วิจัยทำการวิเคราะห์เครื่องวัดความดันที่มีขายทั่วไป เพื่อศึกษาว่าส่วนประกอบต่างๆ ของอุปกรณ์ จากนั้นทำการศึกษางานวิจัยอื่นๆ ที่เกี่ยวข้องเกี่ยวกับทฤษฎีการวัดความดันโลหิตเพื่อหาวิธีการที่ดีที่สุดในการพัฒนาเครื่องวัดความดันโลหิตที่ได้ผลใกล้เคียงกับการวัดจากแพทย์ผู้เชี่ยวชาญ และพัฒนาให้เครื่องวัดความดันโลหิต สามารถส่งค่าที่ได้จากการวัดความดันไปเก็บบน Cloud Server เพื่อให้ผู้ใช้งาน ทั้งผู้ป่วยและบุคลากรทางการแพทย์ สามารถเรียกดูข้อมูลย้อนหลังได้



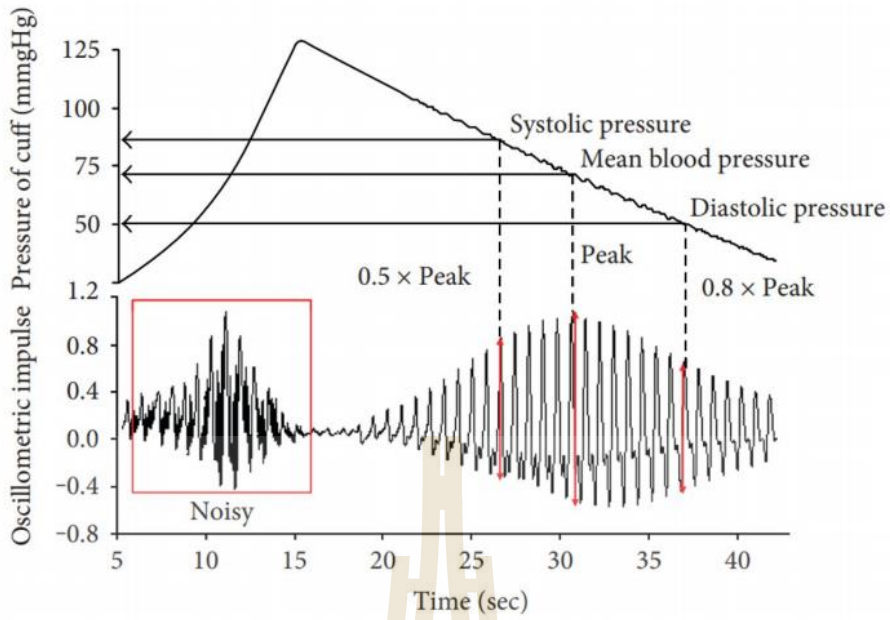
รูป 3.3 กราฟแสดงความดันโลหิตที่แสดง Systolic pressure และ Diastolic pressure



รูป 3.4 ส่วนประกอบของต้นแบบเครื่องวัดความดันโลหิตที่ขายทั่วไป

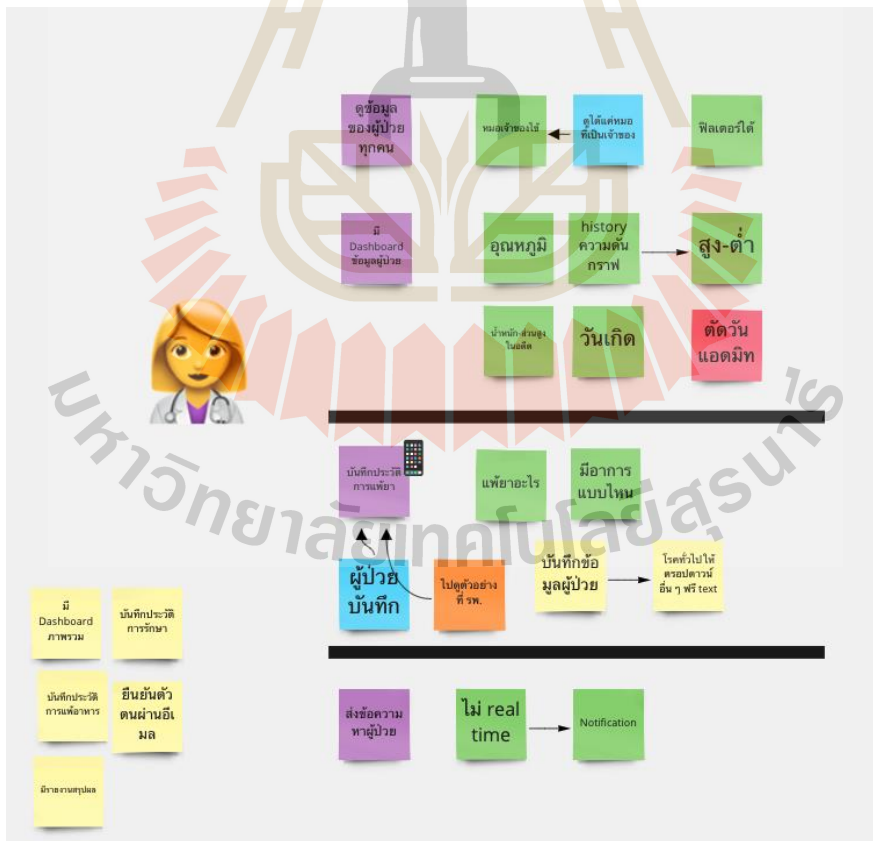


รูป 3.5 กราฟแสดงการหา Systolic pressure และ Diastolic pressure จากเครื่องวัดความดันโลหิตด้วยระบบเซนเซอร์



รูป 3.6 กราฟแสดงการหา Systolic pressure และ Diastolic pressure จากเครื่องวัดความดันโลหิตด้วยระบบเซนเซอร์

3.2.2 ผู้วิจัยทำการวิเคราะห์ความต้องการของบุคลากรทางการแพทย์ เพื่อเรียกดูประวัติการรักษาของผู้ป่วยที่ต้องเฝ้าติดตามอาการ



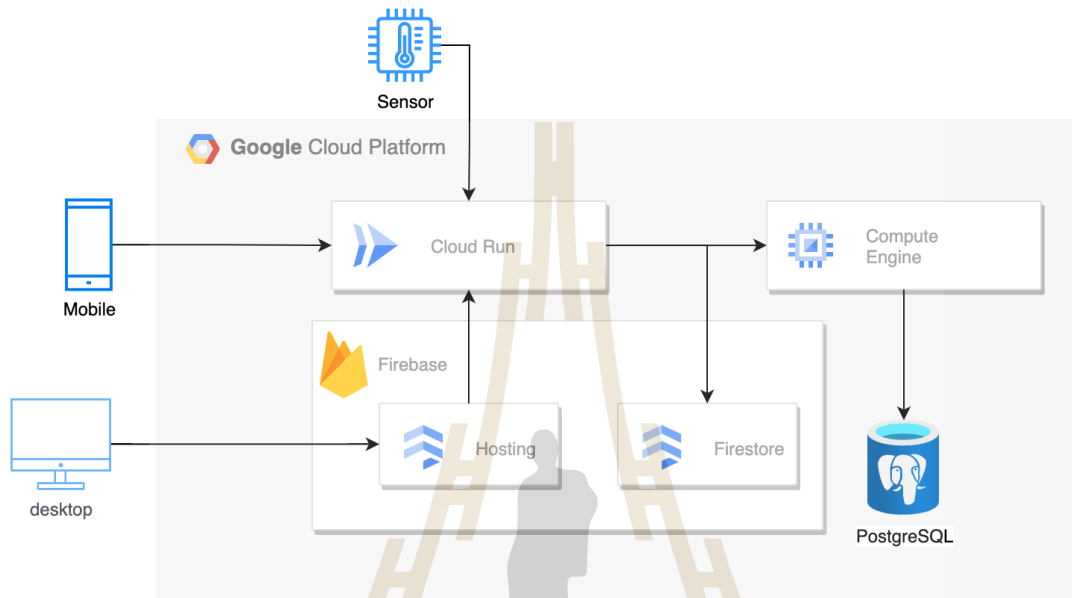
รูป 3.7 System Modeling and Priority

### 3.3 วิธีดำเนินการวิจัย

ผู้วิจัยได้มุ่งเน้นและพัฒนาระบบศูนย์กลางโทรเวชกรรม โดยแบ่งออกเป็น 2 ส่วนใหญ่ๆ คือ Software และ Hardware

#### 1. Software

ผู้วิจัยได้ทำการออกแบบระบบ ดังนี้



รูป 3.8 สถาปัตยกรรมซอฟต์แวร์ที่แสดงถึงโครงสร้างภายในของระบบ

- Cloud Run ทำหน้าที่เป็น Serverless ที่คอยรับข้อมูลจาก Mobile application, Web Client รวมไปถึง Sensor จากอุปกรณ์ IoT โดย Cloud Run นั้นเป็นบริการของ Google ที่มีความสามารถในการ scaleable ตามปริมาณการใช้งานได้เช่น ถ้าหากในเดือนนั้น ๆ มีปริมาณการใช้งานที่น้อย ค่าใช้จ่ายสำหรับ Cloud Run ก็จะน้อยลง แต่ถ้าหากในเดือนอื่น ๆ ที่มีปริมาณการใช้งานที่สูงขึ้น ค่าใช้จ่ายสำหรับ Cloud run ก็จะสูงขึ้น
- Hosting (Firebase Hosting) ทำหน้าที่สำหรับการ Deploy Web application สำหรับแพทย์ Firebase Hosting เป็นบริการของ Google Cloud ซึ่งสามารถ Deploy web application ได้ฟรี ไม่มีค่าใช้จ่าย สามารถเชื่อมต่อบริการอื่น ๆ ของ google ได้
- Firestore เป็น realtime database ใช้แสดงผลข้อมูลแบบ realtime สำหรับ mobile application Firestore เป็นบริการของ Google ที่ใช้สำหรับเก็บข้อมูลขนาดเล็ก โดยส่วนมากจะใช้สำหรับการแสดงผลข้อมูลของ mobile application ขนาดเล็ก
- Compute Engine เป็นเครื่อง Server ใช้สำหรับสร้าง database สำหรับเก็บข้อมูล โดย Compute Engine นั้นเป็นบริการของ Google ซึ่ง Compute Engine นั้นเป็นเครื่องเซิร์ฟเวอร์จำลองที่สามารถติดตั้งระบบปฏิบัติการได้ และยังสามารถติดตั้งระบบสำหรับฐานการข้อมูลและอื่น ๆ ได้ โดยค่าใช้จ่ายนั้นจะขึ้นอยู่กับขนาดของทรัพยากรที่ใช้งานบน เครื่องนั้น ๆ

- PostgreSQL เป็น database ใช้เก็บข้อมูลหลักของระบบ PostgreSQL เป็นฐานข้อมูลสำหรับเก็บข้อมูลที่มีความสัมพันธ์

ผู้วิจัยทำการพัฒนาระบบ โดยแยกออกเป็น 2 ระบบ คือ

- Web Application สำหรับบุคลากรให้ทางแพทย์ใช้งาน โดยแพทย์สามารถเรียกดูรายชื่อผู้ป่วยทั้งหมดในระบบ และดูรายละเอียดของผู้ป่วยแต่ละคนได้



รูป 3.9 Use Case Diagrams สำหรับการแสดงรายละเอียดของผู้ป่วยแต่ละคน

- Mobile Application สำหรับให้ผู้ป่วยใช้งาน ผู้ป่วยสามารถย้อนดูข้อมูลการตรวจสุขภาพหลังได้



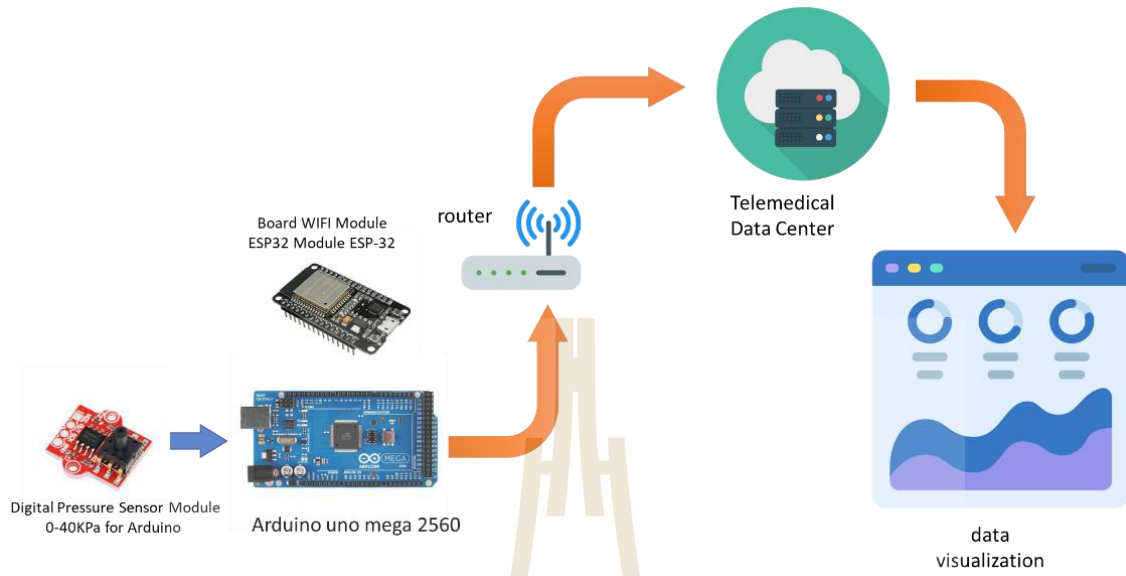
รูป 3.10 Use Case Diagrams สำหรับการแสดงข้อมูลสุขภาพของผู้ป่วย

## 2. Hardware

ผู้วิจัยได้พัฒนาเครื่องวัดความดันเครื่องต้นแบบ โดยแบ่งการพัฒนาออกเป็น 2 ส่วนคือ การออกแบบและพัฒนาชุดอุปกรณ์ Hardware สำหรับวัดความดันโลหิต และการออกแบบชุดคำสั่งในการควบคุมและวิเคราะห์ความดันโลหิตจากข้อมูลที่ได้จากเซนเซอร์ และส่งค่าที่อ่านได้จากเครื่องวัดความดัน ไปเก็บไว้บน Cloud Server เพื่อให้บุคลากรทางการแพทย์และผู้ป่วย สามารถเรียกดูข้อมูลการตรวจสุขภาพย้อนหลังได้ผ่านเครือข่ายอินเทอร์เน็ต ทั้งระบบ Web Application และ Mobile Application



## 2.1 ชุดอุปกรณ์ Hardware สำหรับวัดความดันโลหิต



รูป 3.11 ออกแบบระบบการทำงานของเครื่องวัดความดันโลหิต



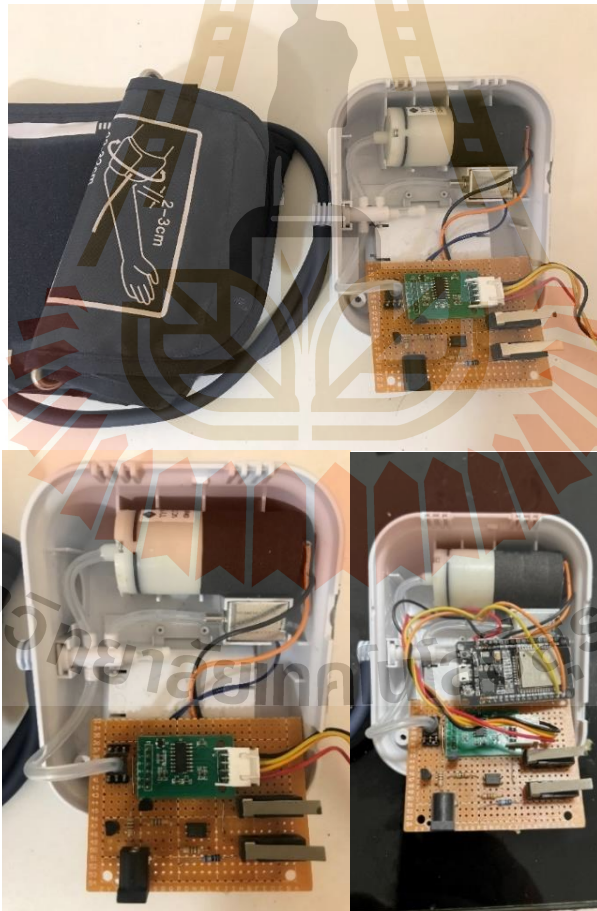
รูป 3.12 องค์ประกอบของเครื่องวัดความดันเครื่องต้นแบบ

ชุดอุปกรณ์ Hardware สำหรับวัดความดันโลหิตที่สำคัญประกอบด้วย

1. มอเตอร์ปั๊มอากาศและสาย cuff สำหรับวัดความดัน
2. Digital Pressure Sensor Module 0-40KPa for Arduino ทำหน้าที่วัดความดันอากาศจาก cuff ที่ติดอยู่กับผู้ที่วัดความดัน
3. บอร์ด Arduino uno mega 2560 ทำหน้าที่อ่านค่าความดันอากาศและประมวลผลข้อมูล
4. Board WIFI Module ESP32 Module ESP-32 ทำหน้าที่เชื่อมต่อกับระบบ Cloud Server ผ่านเครือข่ายไร้สาย

## 2.2 พัฒนาเครื่องวัดความดันเครื่องต้นแบบ (ต้นแบบที่ 1)

พัฒนาเครื่องวัดความดันเครื่องต้นแบบที่ 1 โดยเน้นการพัฒนาอุปกรณ์สำหรับควบคุมการทำงานของมอเตอร์ปั๊มอากาศ และอ่านความดันจาก Digital Pressure Sensor Module โดยในต้นแบบที่ 1 ยังไม่ได้เป็นระบบอัตโนมัติ ซึ่งจะต้องมีการกดสวิตช์เพื่อทำการปั๊มและปล่อยอากาศด้วยผู้ใช้งานเอง ทั้งนี้ในต้นแบบแรกมีวัตถุประสงค์ เพื่อการปรับเทียบความดันอากาศที่วัดได้จาก Digital Pressure Sensor Module กับเครื่องวัดความดันแบบปรอทที่มีการใช้งานกันอยู่ทั่วไป ซึ่งแสดงดังรูปที่ 3.13



รูป 3.13 เครื่องวัดความดันเครื่องต้นแบบ (ต้นแบบที่ 1)

## บทที่ 4

### ผลการวิจัย

ผู้วิจัยพัฒนาระบบศูนย์กลางโทรเวชกรรม โดยแบ่งออกเป็น 2 ส่วนใหญ่ๆ คือ Software และ Hardware

#### 4.1 การพัฒนาระบบ Software

ผู้วิจัยได้ทำการ ผู้วิจัยทำการพัฒนาระบบ โดยแยกออกเป็น 2 ระบบ คือ

1.1 Web Application สำหรับบุคลากรให้ทางแพทย์ โดยผู้วิจัยได้พัฒนาระบบ ดังนี้

1.1.1 พัฒนาเว็บแอปพลิเคชัน สำหรับลงทะเบียนเข้าสู่ระบบของบุคลากรทางการแพทย์

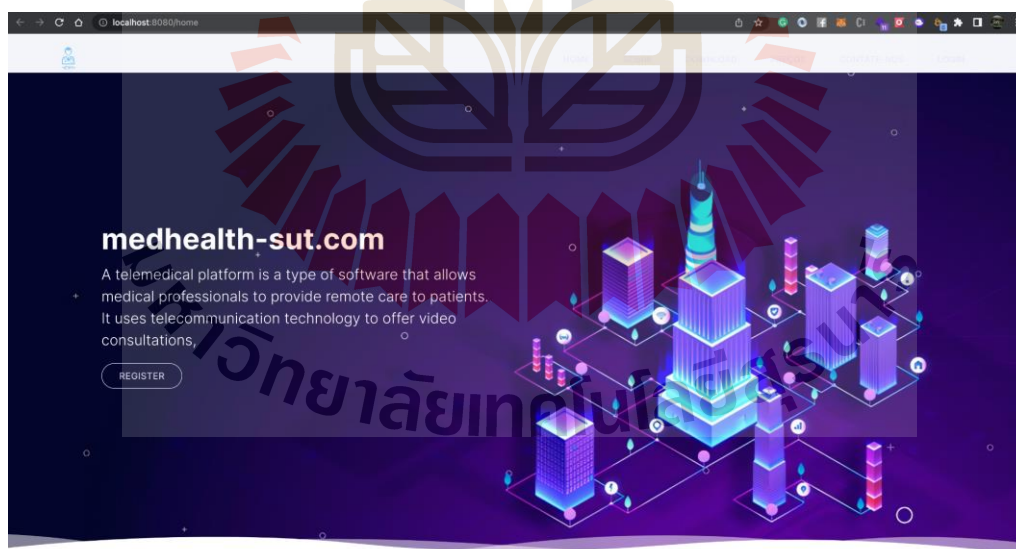
1.1.2 พัฒนาเว็บแอปพลิเคชัน สำหรับแสดงรายชื่อผู้ป่วยทั้งหมด

1.1.3 พัฒนาเว็บแอปพลิเคชัน สำหรับแสดงรายละเอียดของผู้ป่วยแต่ละคน

1.1.4 พัฒนาเว็บแอปพลิเคชัน สำหรับแสดงค่าความดันโลหิตของผู้ป่วยแต่ละคน และรายละเอียดอัตราการเต้นของหัวใจของผู้ป่วยแต่ละคน

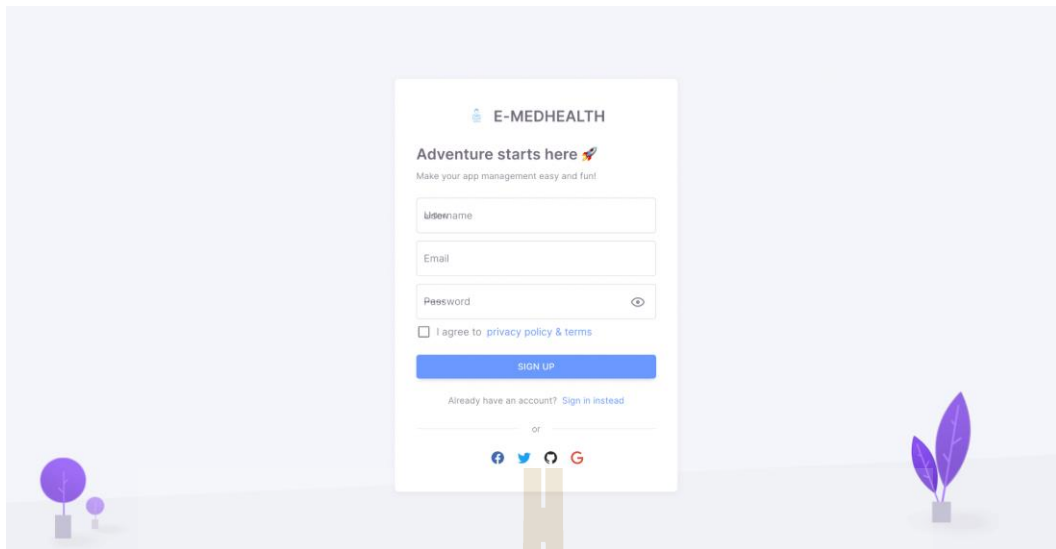
ตัวอย่าง ระบบ Web Application ที่ผู้วิจัยได้พัฒนาขึ้น

เปิด Browser ขึ้นมา แล้วพิมพ์ URL: [www.medhealth-sut.com](http://www.medhealth-sut.com) จะปรากฏหน้า Home Page ขึ้นมา จากนั้นคลิกที่ปุ่ม LOGIN ด้านบนขวา เพื่อทำการเข้าสู่ระบบ



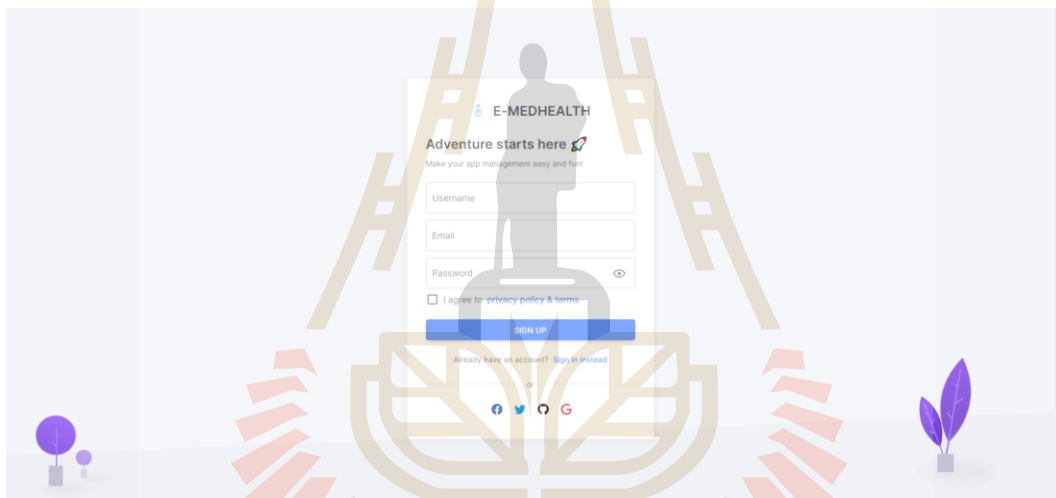
รูป 4.1 Home Page ของระบบ Web Application

เมื่อกดปุ่ม LOGIN จะไปยังหน้าต่าง LOGIN ให้ผู้ใช้ใส่ Username เป็น Email ที่ได้ทำการลงทะเบียนไว้ และ Password หากผู้ใช้งานยังไม่ลงทะเบียน ให้คลิกที่ Create an account เพื่อทำการลงทะเบียนก่อนเริ่มใช้งาน



รูป 4.2 การ LOGIN ของระบบ

เมื่อเลือกเมนู Create an account ระบบจะให้ผู้ใช้งานใส่ Username Email และ Password ให้ครบ แล้วคลิก SIGN UP เพื่อทำการลงทะเบียน



รูป 4.3 Create an account ของระบบ



รูป 4.4 แสดงรายชื่อผู้ป่วยทั้งหมดของระบบ

The screenshot shows the 'ACCOUNT' tab in the E-MEDHEALTH interface. The user profile is for 'John Doe', an 'Admin' at 'Google, Inc.'. The account status is 'Active'. A warning message states: 'Your email is not confirmed. Please check your inbox. Resend Confirmation'. There are buttons for 'UPLOAD NEW PHOTO', 'RESET', 'SAVE CHANGES', and 'CANCEL'.

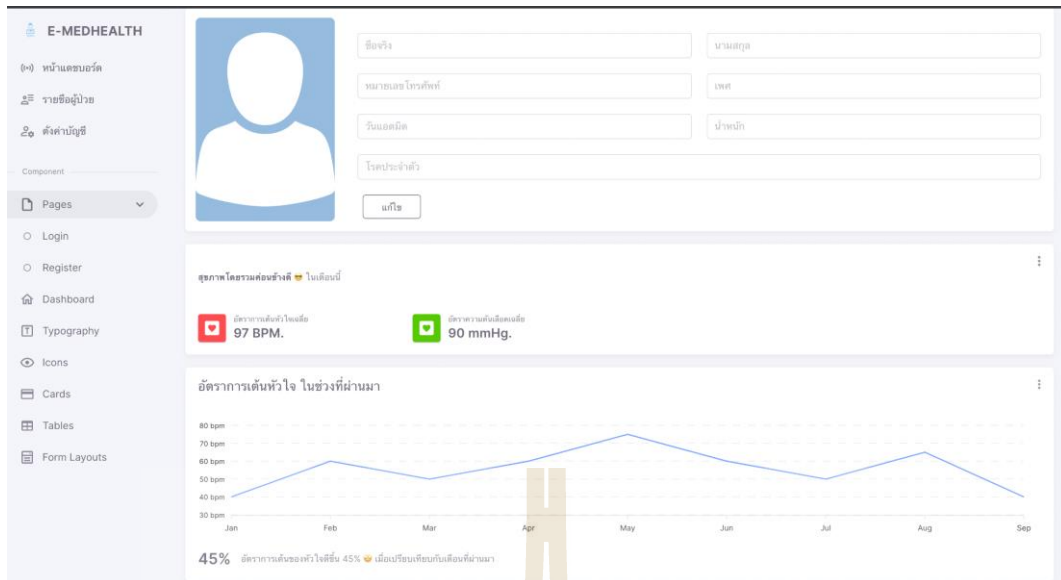
รูป 4.5 การแก้ไขข้อมูลส่วนตัวของผู้ที่ลงทะเบียนกับระบบ

The screenshot shows the 'SECURITY' tab in the E-MEDHEALTH interface. It features a form for changing the password with fields for 'Current Password', 'New Password', and 'Confirm New Password'. A note says 'Make sure it's at least 8 characters.' Below the form, there is a section for 'Two-factor authentication' with a message: 'Two factor authentication is not enabled yet. Two-factor authentication adds an additional layer of security to your account by requiring more than just a password to log in. Learn more.' There are 'SAVE CHANGES' and 'CANCEL' buttons.

รูป 4.6 การเปลี่ยน Password

The screenshot shows the 'INFO' tab in the E-MEDHEALTH interface. It displays personal information for 'John Doe', including a bio, birthday (February 22, 1995), phone number (954-006-0844), website (https://themeselector.com), country (USA), languages (English, Spanish), and gender (Male). There are 'SAVE CHANGES' and 'CANCEL' buttons.

รูป 4.7 การแก้ไขข้อมูลทั่วไป



รูป 4.8 รายละเอียดข้อมูลผู้ป่วย

1.2 Mobile Application สำหรับให้ผู้ป่วยใช้งาน โดยผู้วิจัยได้พัฒนาระบบ ดังนี้

1.2.1 พัฒนาโมบายแอปพลิเคชัน สำหรับการลงทะเบียนผู้ป่วย

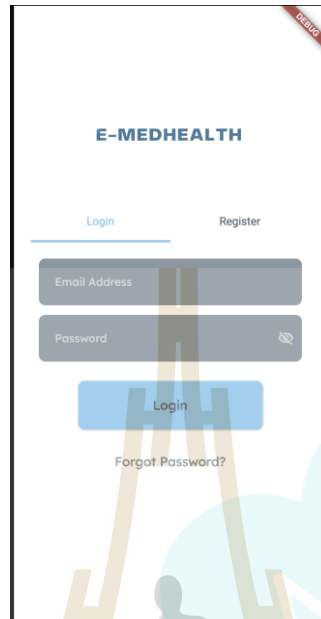
1.2.2 พัฒนาโมบายแอปพลิเคชัน สำหรับแสดงข้อมูลด้านสุขภาพของผู้ป่วย (ความดันโลหิต ประวัติการตรวจวัดความดัน)

ตัวอย่าง ระบบ Mobile Application ที่ผู้วิจัยได้พัฒนาขึ้น สามารถดาวน์โหลดใช้งานได้ฟรี ผ่านโทรศัพท์มือถือระบบ Android



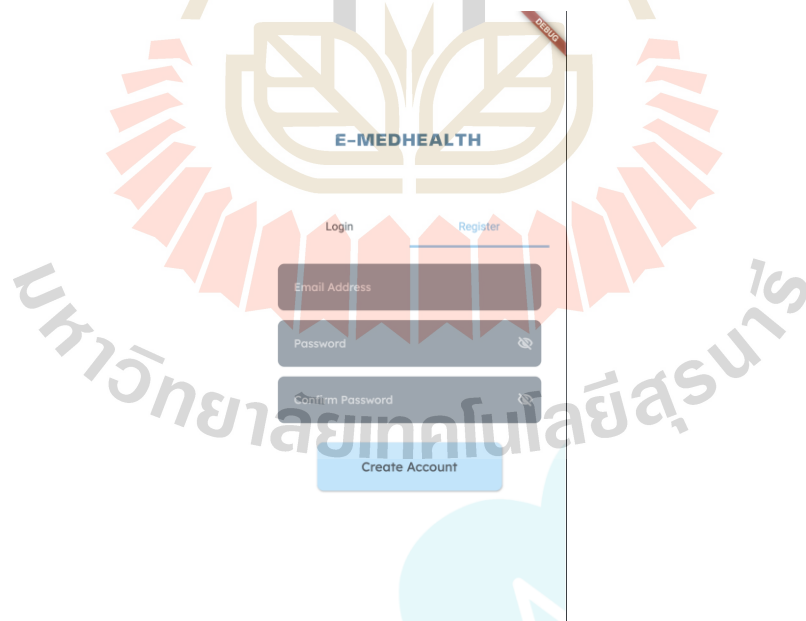
รูปที่ 4.9 QR Code download Mobile Application ทดลองใช้ฟรี

เมื่อติดตั้ง Mobile Application บนอุปกรณ์โทรศัพท์มือถือระบบ Android เรียบร้อยแล้ว เปิด Application ขึ้นมา จะเป็นหน้าเข้าสู่ระบบ (Login) ให้ผู้ใช้งานใส่ Email Address และ Password ให้ถูกต้อง เพื่อทำการเข้าสู่ระบบ

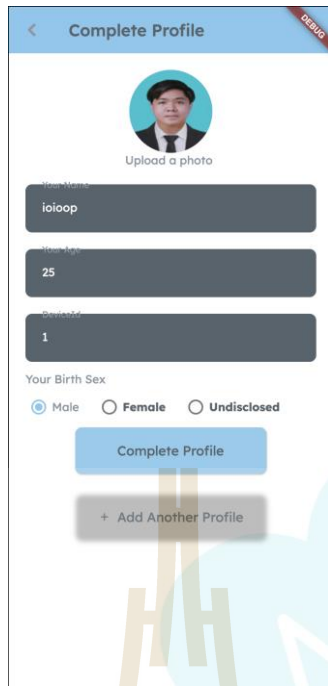


รูปที่ 4.10 หน้าเข้าสู่ระบบ Login

หากผู้ใช้งานยังไม่ได้ทำการลงทะเบียน จะต้องทำการลงทะเบียน (Register) ก่อน โดยจะต้องใส่ข้อมูล Email Address และ Password ให้เรียบร้อย แล้วคลิกที่ Create Account เพื่อยืนยันการลงทะเบียน



รูปที่ 4.11 หน้าลงทะเบียน



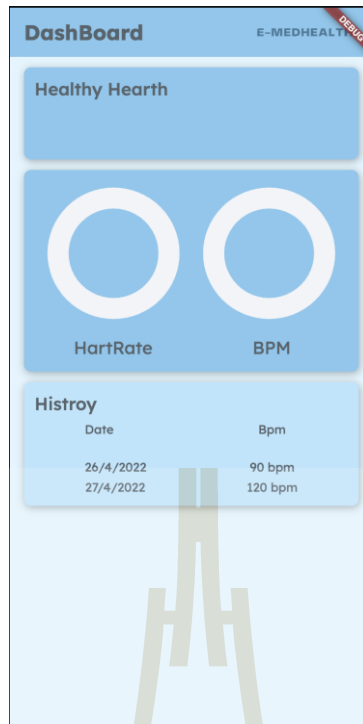
รูปที่ 4.12 หน้าลงทะเบียนเพิ่มเติม

เมื่อผู้ใช้งานเข้าสู่ระบบเรียบร้อยแล้ว ผู้ใช้งานสามารถใส่รูป ปรับเปลี่ยนข้อมูลส่วนตัว เรียกดูข้อมูลการวัดความดันโลหิต อัตราการเต้นของหัวใจ

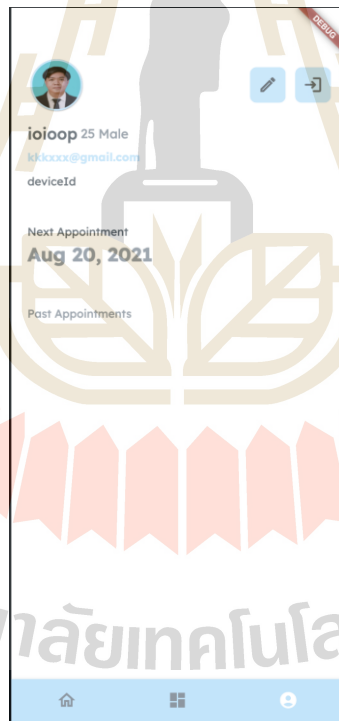


รูปที่ 4.13 หน้าหลักของ Mobile Application





รูปที่ 4.14 หน้าแสดงประวัติการตรวจสุขภาพ



รูปที่ 4.15 หน้าแสดงข้อมูลส่วนตัว

## 4.2 การพัฒนาระบบ Hardware

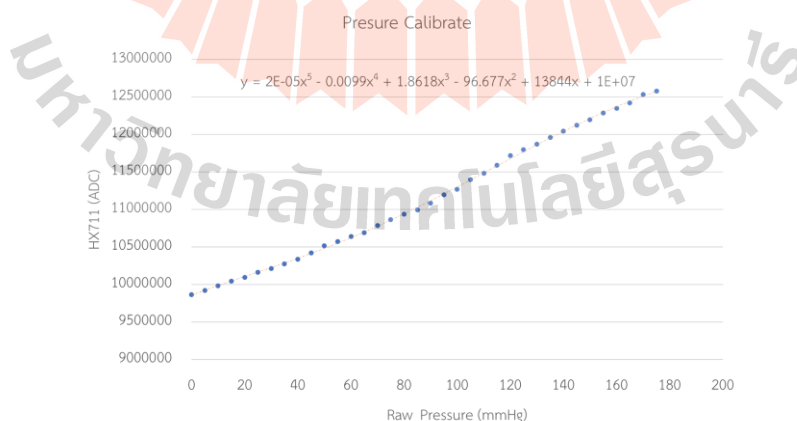
ผู้วิจัยได้พัฒนาเครื่องวัดความดันเครื่องต้นแบบ โดยทำการทดสอบอ่านค่าแรงดันที่ได้จาก Digital Pressure Sensor Module จากผลทดสอบการอ่านค่าแรงดันที่ได้จาก Digital Pressure Sensor Module ด้วยบอร์ด Arduino uno mega 2560 พบว่าสามารถอ่านได้แรงดันได้ ซึ่งทางผู้วิจัยได้ทำการเปรียบเทียบแรงดันที่ได้จาก Digital Pressure Sensor Module กับเครื่องวัดความดันแบบปรอท โดยนำเอา Machine Learning ด้วยวิธีอัลกอริทึม Polynomial Regression ในการคำนวณค่าแรงดันที่ถูกต้อง ซึ่งพบว่าความถูกต้องของแรงดันที่วัดได้จากเครื่องวัดความดันเครื่องต้นแบบ (ต้นแบบที่ 1) มีความถูกต้องมากกว่า 85%



รูป 4.16 ผลการทดสอบเปรียบเทียบความดันหลังจากผ่านอัลกอริทึม  
ปรับเทียบแรงดันด้วย Machine Learning

การคำนวณค่าแรงดันด้วยอัลกอริทึม Polynomial Regression จากค่าที่อ่านได้จาก Digital Pressure Sensor Module ซึ่งได้สมการคำนวณดังนี้

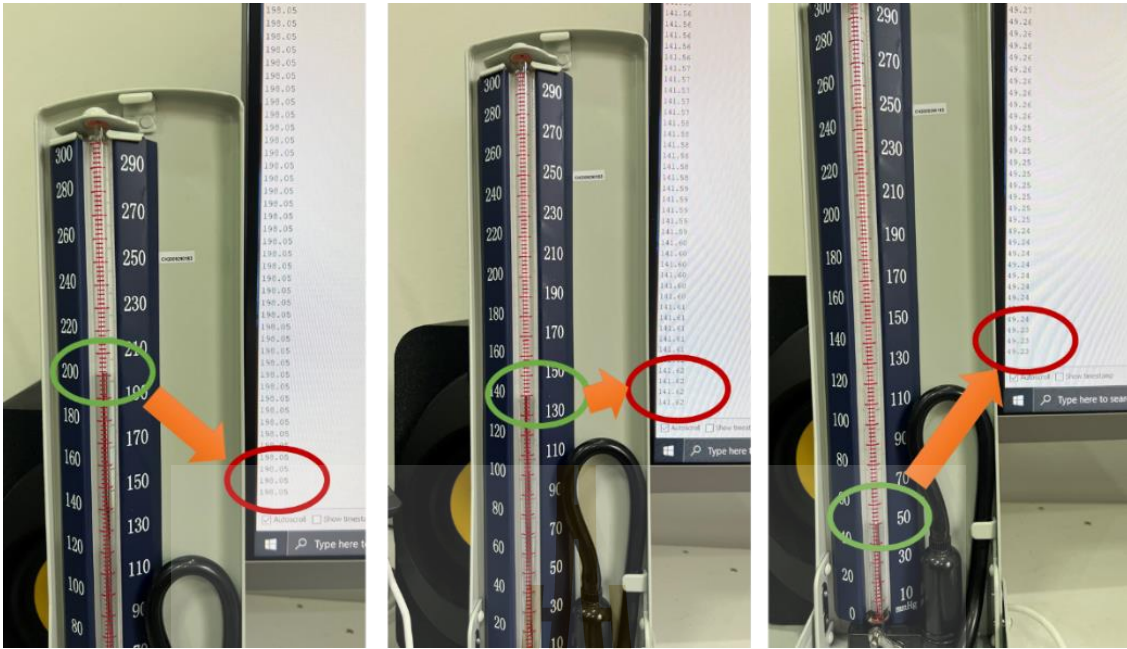
$$y = 2E-05x^5 - 0.0099x^4 + 1.8618x^3 - 96.677x^2 + 13844x + 1E+07$$



รูป 4.17 แสดงผลการคำนวณสมการ Polynomial เพื่อคำนวณค่าแรงดันที่ถูกต้อง

Raw_Pressure (mmHg)	(RAW DATA)		Error
	Real	Monument	
0	9870002	9866201	3.85%
5	9921227	9918726	2.52%
10	9985158	9983103	2.06%
15	10049312	10045412	3.88%
20	10095228	10094136	1.08%
25	10166527	10165120	1.38%
30	10213447	10212085	1.33%
35	10278200	10276921	1.24%
40	10339959	10338666	1.25%
45	10419549	10418786	0.73%
50	10520354	10518730	1.54%
55	10576915	10575356	1.47%
60	10643113	10641707	1.32%
65	10692522	10691799	0.68%
70	10785338	10784007	1.23%
75	10868591	10867242	1.24%
80	10941079	10940311	0.70%
85	10994207	10992669	1.40%
90	11082049	11082303	0.23%
95	11194510	11194205	0.27%
100	11270900	11271947	0.93%
105	11397448	11397821	0.33%
110	11481789	11481963	0.15%
115	11591136	11591363	0.20%
120	11717270	11716751	0.44%
125	11798207	11797874	0.28%
130	11868984	11869419	0.37%
135	11958823	11958823	0.00%
140	12047499	12047787	0.24%
145	12121142	12121157	0.01%
150	12196897	12198026	0.93%
155	12288760	12288972	0.17%
160	12350024	12350457	0.35%
165	12419319	12420303	0.79%
170	12535657	12535711	0.04%
175	12581853	12580453	1.11%

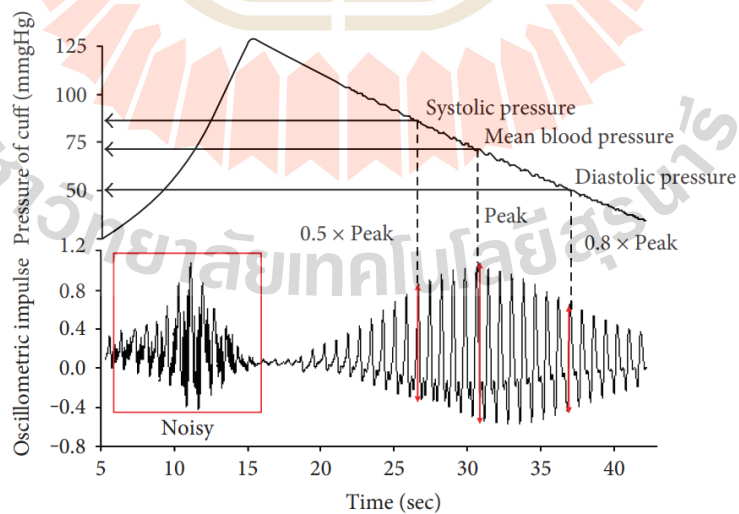
ตาราง 4.1 คำนวณค่าแรงดันด้วยอัลกอริทึม Polynomial Regression



รูป 4.18 ตัวอย่างผลการเก็บผลการทดสอบค่าแรงดันเทียบกับเครื่องวัดความดันแบบปรอทที่มีการใช้งานกันอยู่ทั่วไป

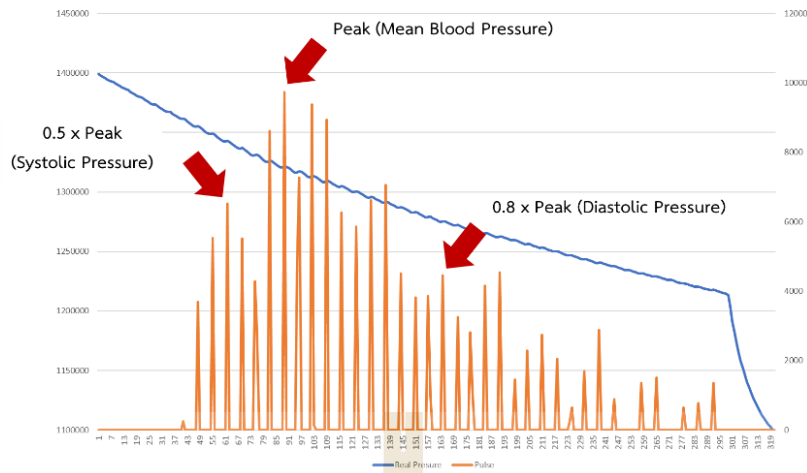
### วิเคราะห์และคำนวณค่าความดันโลหิต

จากการวิเคราะห์พบว่า เมื่อระบบปัมอากาศซึ่งเป็นการเพิ่มความดันเข้าไปในระบบจนกระทั่งถึงค่าสูงสุดประมาณ 160 – 170 mmHg ระบบจะหยุดเพิ่มความดัน จากนั้นถึงทำการปล่อยแรงดันอากาศออกด้วยอัตราที่คงที่ จากนั้นจะทำการจับสัญญาณการเต้นของหลอดเลือดความดันโดยการคำนวณเป็นสัญญาณพัลส์ (Pulse) ในครั้งแรก และวิเคราะห์หาค่า Systolic และค่า Diastolic ดังแสดงในกราฟ



รูป 4.19 Cuff pressure waveform of oscillometric method

กราฟการวัดความดัน

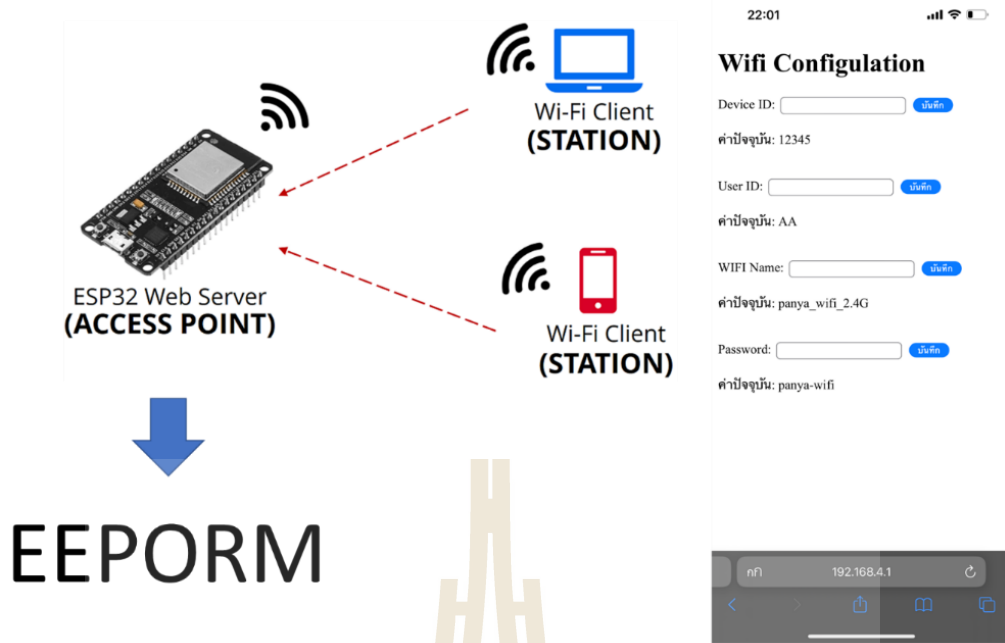


รูป 4.20 ผลการทดสอบและการวิเคราะห์หาค่า Systolic และค่า Diastolic ของความดันโลหิต

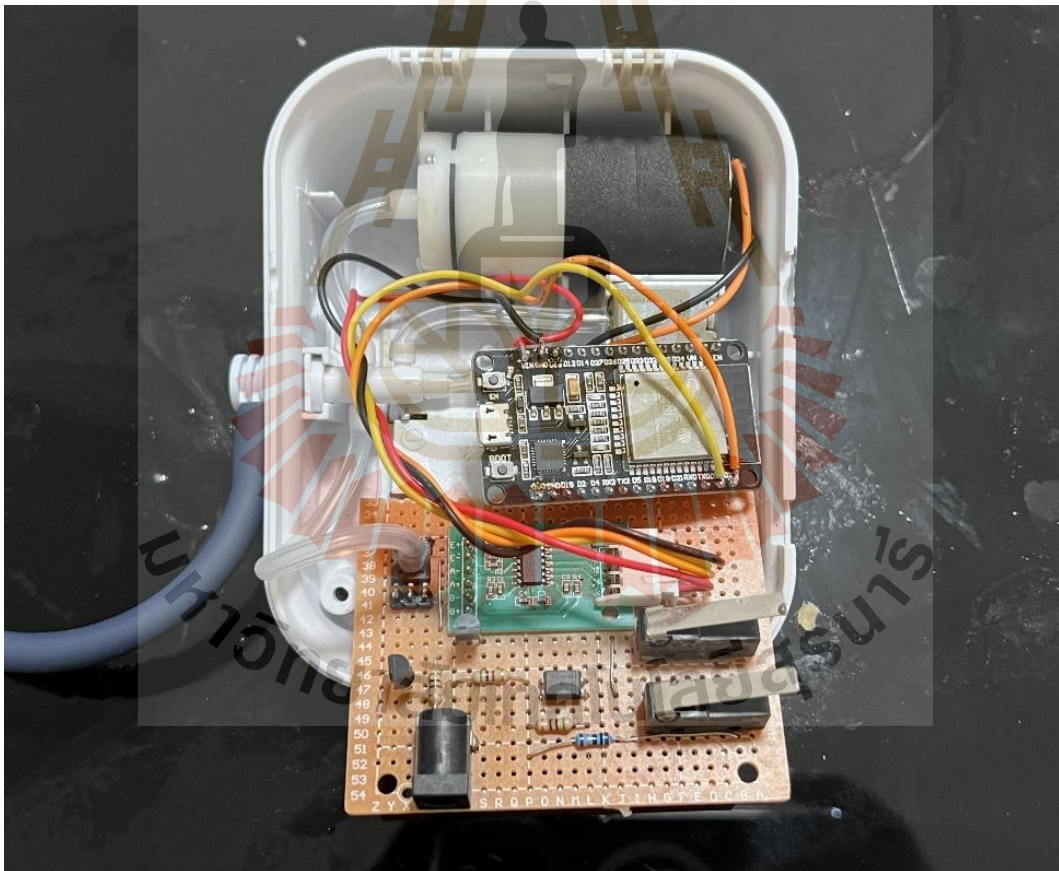
รูป 4.21 ตัวอย่างของการคำนวณค่า Systolic และค่า Diastolic ที่ได้จากบอร์ด Arduino uno mega 2560

### ออกแบบและพัฒนาระบบส่งข้อมูลค่าความดันโลหิตที่วัดได้ไปยัง Cloud Server

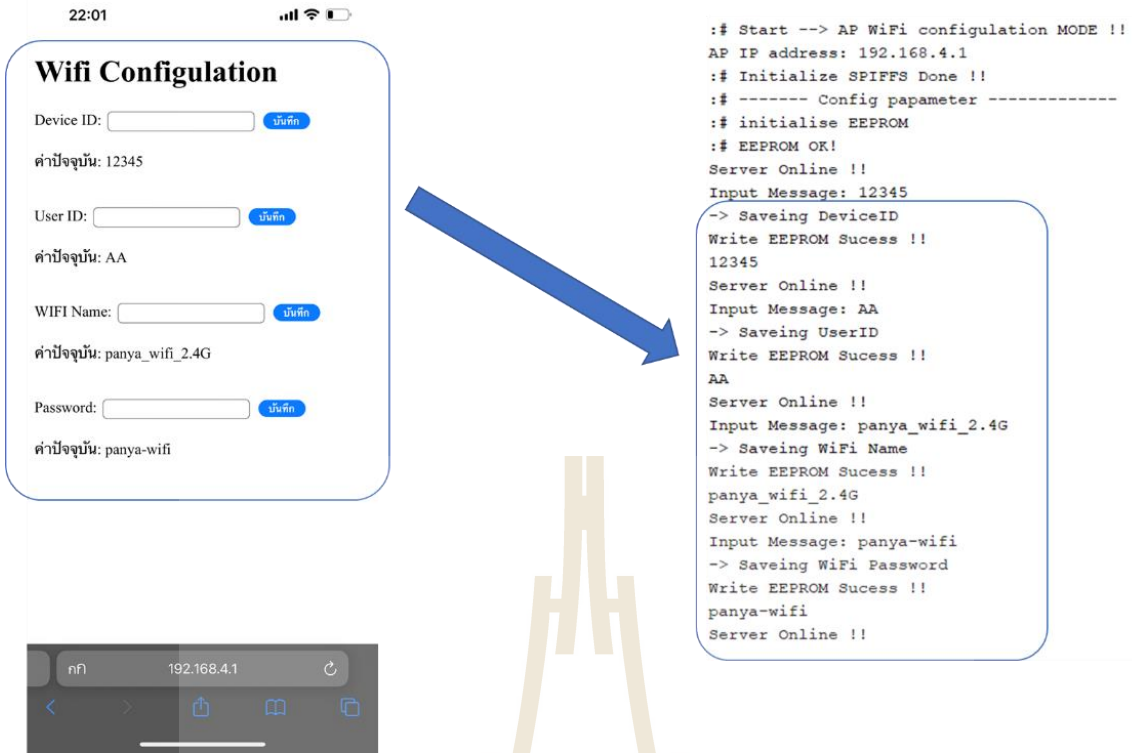
งานวิจัยนี้ได้ออกแบบและพัฒนาระบบส่งข้อมูลค่าความดันโลหิตที่วัดได้ไปยัง Cloud Server โดยการประยุกต์ใช้บอร์ด Board WIFI Module ESP32 Module ESP-32 ทำหน้าที่เชื่อมต่อกับระบบ Cloud Server ผ่านเครือข่ายไร้สาย ซึ่งผู้ใช้งานสามารถตั้งค่าเครื่องวัดความดันให้สามารถเชื่อมต่อกับสัญญาณ WiFi ได้ตามความต้องการ นอกจากนั้นยังสามารถตั้ง ID ของอุปกรณ์ หรือ ID ของผู้ใช้งาน ได้อีกด้วย โดยการทดสอบการส่งข้อมูลพบว่า สามารถตั้งค่าต่างๆ ระบบเครื่องวัดความดันโลหิตและส่งข้อไปยัง Cloud Server ได้



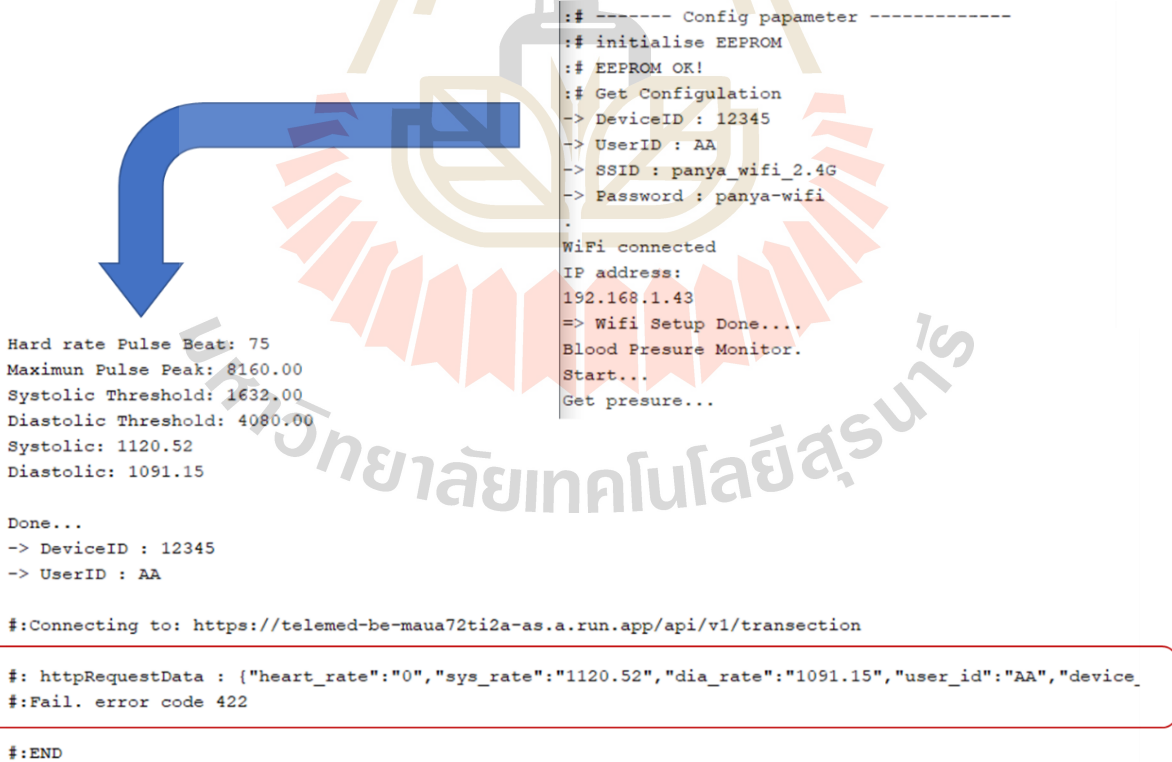
รูป 4.22 แผนผังการออกแบบและพัฒนาระบบส่งข้อมูลค่าความดันโลหิตที่วัดได้ไปยัง Cloud Server



รูป 4.23 ตัวอย่างของเครื่องวัดความดันเครื่องต้นแบบ (ต้นแบบที่ 1) ที่เชื่อมต่อกับระบบ Cloud Server



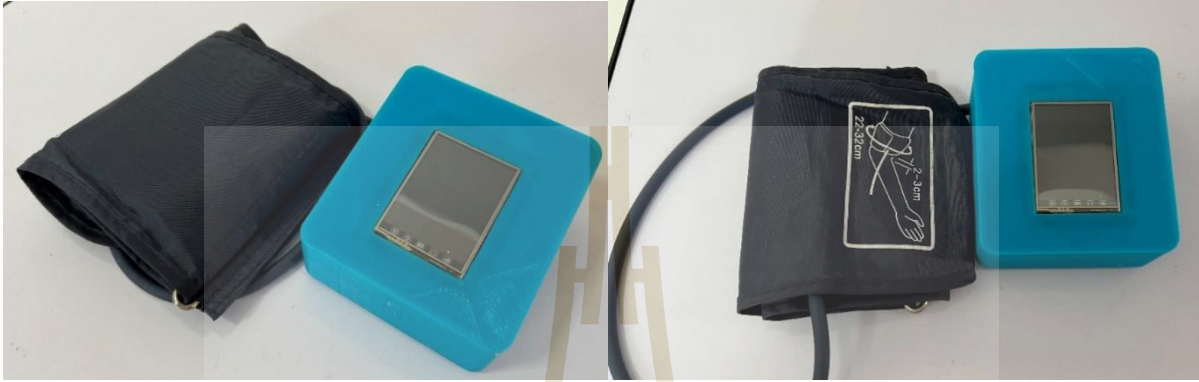
รูป 4.24 ตัวอย่างของการตั้งค่าเครื่องวัดความดันเครื่องต้นแบบ



รูป 4.25 ตัวอย่างของเครื่องวัดความดันเครื่องต้นแบบ (ต้นแบบที่ 1) ที่ส่งข้อมูลไปยังระบบ Cloud Server

## พัฒนาเครื่องวัดความดันเครื่องต้นแบบ (ต้นแบบที่ 2)

ผู้วิจัยได้พัฒนาเครื่องวัดความดันเครื่องต้นแบบที่ 2 ซึ่งสามารถวัดความดันโลหิตและส่งข้อมูลไปยัง Cloud Server ได้อย่างอัตโนมัติ โดยได้มีการออกแบบตัวเครื่องให้มีความเหมาะสมกับการใช้งาน มีขนาดเล็ก มีจอแสดงผลแบบสัมผัส เพื่อให้งานต่อการใช้งาน อีกทั้งยังสามารถปรับเปลี่ยนการตั้งค่าต่าง ๆ อาทิเช่น User name and Password Wifi ตั้งค่ารหัสผู้ใช้งาน เป็นต้น ซึ่งสามารถแสดงได้ดังรูป



รูป 4.26 เครื่องวัดความดันเครื่องต้นแบบ (ต้นแบบที่ 2)



รูป 4.27 การใช้งานเครื่องวัดความดันเครื่องต้นแบบ (ต้นแบบที่ 2)



## บทที่ 5

### สรุปผลการวิจัย อภิปรายผล และข้อเสนอแนะ

#### 5.1 สรุปผลงานวิจัย

ผู้วิจัยได้มุ่งเน้นและพัฒนาระบบศูนย์กลางโทรเวชกรรม โดยแบ่งออกเป็น 2 ส่วนใหญ่ๆ คือ Software และ Hardware

##### 1. Software

ในส่วนของ software นั้น ผู้วิจัยได้พัฒนาระบบ Application 2 ระบบ คือ Mobile Application ซึ่งระบบนี้ ถูกพัฒนาขึ้นเพื่อให้ผู้ป่วยเป็นผู้ใช้งาน และ Web Application ถูกพัฒนาขึ้นเพื่อให้บุคลากรทางการแพทย์เป็นผู้ใช้งาน

- ระบบ Mobile Application นั้น ผู้ใช้งานจะต้องทำการลงทะเบียนเพื่อเข้าใช้งาน โดยระบบจะเก็บข้อมูลส่วนตัว และหมายเลขเครื่องวัดความดันเครื่องต้นแบบ เมื่อผู้ใช้งานใช้งานเครื่องวัดความดันเครื่องต้นแบบที่ได้ลงทะเบียนไว้ ค่าที่ได้จากการวัด จะถูกเก็บไว้บน Cloud Server จึงทำให้ผู้ใช้งาน สามารถย้อนดูผลตรวจสุขภาพของตนเองย้อนหลังได้ เช่น อัตราการเต้นของหัวใจ ค่าความดันเลือด ประวัติการตรวจวัดความดันโลหิต เป็นต้น

- ระบบ Web Application พัฒนาขึ้นสำหรับให้บุคลากรทางการแพทย์เป็นผู้ใช้งาน เช่น แพทย์ หรือพยาบาล โดยแพทย์สามารถเรียกดูรายชื่อผู้ป่วยทั้งหมดในระบบ ประวัติการรักษา อัตราการเต้นของหัวใจ ประวัติการวัดความดันของผู้ป่วย โดยจะแสดงข้อมูลออกมาในลักษณะของ Dashboard

##### 2. Hardware

- เครื่องวัดความดันเครื่องต้นแบบ ทางผู้วิจัยได้พัฒนาเครื่องวัดความดันเครื่องต้นแบบออกมา 2 รุ่น คือ รุ่นที่ใช้ไฟฟ้า และรุ่นที่แบตเตอรี่ เครื่องวัดความดันทั้ง 2 รุ่น จะมีหมายเลขเครื่องสำหรับลงทะเบียน โดยการทำงานของเครื่องวัดความดันนี้ คือ เมื่อผู้ใช้งานใช้เครื่องในการวัดความดัน ค่าที่ได้จากการวัด จะถูกเก็บไว้บน Cloud Server ซึ่งจะสามารถเรียกดูข้อมูลย้อนหลังได้ ผ่านระบบ Mobile Application และ Web Application

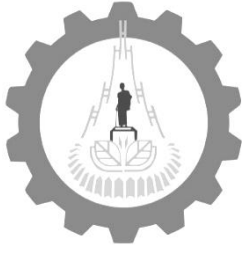
#### 5.2 ข้อเสนอแนะ

ผู้วิจัยเห็นว่าในอนาคตควรมีการปรับปรุงระบบศูนย์กลางโทรเวชกรรมให้รองรับอุปกรณ์ที่มีความหลากหลายมากขึ้น เช่น เครื่องวัดอุณหภูมิ เครื่องวัดระดับน้ำตาล เป็นต้น รวมทั้งพัฒนาเครื่องมือให้มีมาตรฐานทางการแพทย์และสามารถใช้งานจริงกับผู้ใช้งานได้

## บรรณานุกรม

- Adi, P. D. P., and Kitagawa, A. 2019. ZigBee Radio Frequency (RF) performance on Raspberry Pi 3 for Internet of Things (IoT) based blood pressure sensors monitoring. International Journal of Advanced Computer Science and Applications (IJACSA); 10(5), 18-27.
- Edwan, E., Abu-Musameh, M., and Alsabah, A. 2020. Blood pressure monitoring using arduino-android platform. In 2020 International Conference on Assistive and Rehabilitation Technologies (iCareTech); pp. 87-91. IEEE.
- El Attaoui, A., Largo, S., Jilbab, A., and Bourouhou, A. 2021. Wireless medical sensor network for blood pressure monitoring based on machine learning for real-time data classification. Journal of Ambient Intelligence and Humanized Computing; 12(9), 8777-8792.
- “How to measure blood pressure using AMS 5915 and an Arduino”, <https://www.analog-micro.com/products/pressure-sensors/board-mount-pressure-sensors/ams5915/ams5915-an03.pdf>
- Kuo, C. H., Wu, C. J., Chou, H. C., Chen, G. T., and Kuo, Y. C. 2017. Development of a blood pressure measurement instrument with active cuff pressure control schemes. Journal of healthcare Engineering.
- Listyorini, T., Bakhtiar, M. I., Nanuru, R. F., and Rahim10, R. 2018. Automatic Blood Pressure Detector Using Arduino to Measure Blood Pressure in Indonesian People Age 19-27 Years Old. International Journal of Engineering and Technology; 7(2.5), 115-118.
- “Pressure Sensor –MPS20N0040D-S”, <https://e-radionica.com/en/air-pressure-sensor-mps20n0040d-d.html>
- Vijayalaxmi, A., Sridevi, S., Sridhar, N., and Ambesange, S. 2020. Multi-disease prediction with artificial intelligence from core health parameters measured through non-invasive technique. In 2020 4th International Conference on Intelligent Computing and Control Systems (ICICCS); pp. 1252-1258. IEEE.

## ประวัติผู้วิจัย



ชื่อ ผศ. ดร. ศรัญญา กาญจนวัฒนา



การศึกษา/คุณวุฒิ : ปริญญาเอก : Ph.D. (Functional Control Systems)

Shibaura Institute of Technology (SIT), Japan, 2017

ปริญญาโท : M.Eng. (Computer Engineering)

สถาบันเทคโนโลยีแห่งเอเชีย, 2554

ปริญญาตรี : วศ.บ. (วิศวกรรมคอมพิวเตอร์) เกียรตินิยมอันดับหนึ่ง

มหาวิทยาลัยเทคโนโลยีสุรนารี, 2551

ตำแหน่งปัจจุบัน : ผู้ช่วยอธิการบดีฝ่ายยุทธศาสตร์และงบประมาณ มหาวิทยาลัยเทคโนโลยีสุรนารี  
อาจารย์ประจำสาขาวิชาวิศวกรรมคอมพิวเตอร์

## ประวัติการทำงาน :

ต.ค. 2564 - ปัจจุบัน

ผู้ช่วยอธิการบดีฝ่ายยุทธศาสตร์และงบประมาณ  
มหาวิทยาลัยเทคโนโลยีสุรนารี

เม.ย 2564 - ต.ค. 2564

หัวหน้าสาขาวิชาวิศวกรรมคอมพิวเตอร์  
มหาวิทยาลัยเทคโนโลยีสุรนารี

ม.ค. 2555 - ปัจจุบัน

อาจารย์ประจำสาขาวิชาวิศวกรรมคอมพิวเตอร์  
มหาวิทยาลัยเทคโนโลยีสุรนารี

ส.ค. 2554 - ธ.ค. 2554

ผู้ช่วยวิจัย Information Communications and Computing  
Research Unit (Traffy)

พ.ย. 2551 - ส.ค. 2552

ศูนย์เทคโนโลยีอิเล็กทรอนิกส์และคอมพิวเตอร์แห่งชาติ  
โปรแกรมเมอร์อิสระ

**ผลงานทางวิชาการ / ผลงานวิจัย :**

*วารสารวิชาการนานาชาติ*

- Sarunya Kanjanawattana, Prakaidoy Ditsayabut, Pumrapee Poomka, Kittipat Sriwong, Watthana Pongsena, and Chokchai Wanapu, "Viability Assessment of Bull Sperms Using Deep Learning," *Journal of Advances in Information Technology*, Vol. 12, No. 1, pp. 71-77, February 2021. doi: 10.12720/jait.12.1.71-77 (Index: Scopus; ISBN 1798-2340)
- Praneetpholkrang, P., & Kanjanawattana, S. (2021). A multi-objective optimization model for shelter location-allocation in response to humanitarian relief logistics. *The Asian Journal of Shipping and Logistics*, 37(2), 149-156. (Index: Scopus; ISBN 2092-5212)
- Praneetpholkrang, P., & Kanjanawattana, S. (2021). A Novel Approach for Determining Shelter Location-Allocation in Humanitarian Relief Logistics. *International Journal of Knowledge and Systems Science (IJKSS)*, 12(2), 52-68. (Index: Scopus, Web of Science; ISBN 1947-8208)
- Isaman Sangbamrung, Panchalee Praneetpholkrang, and Sarunya Kanjanawattana, "A Novel Automatic Method for Cassava Disease Classification Using Deep Learning," *Journal of Advances in Information Technology*, Vol. 11, No. 4, pp. 241-248, November 2020. doi: 10.12720/jait.11.4.241-248 (Index: Scopus; ISSN: 1798-2340)
- Kanjanawattana, S., & Kimura, M. (2019). Semantic-Based Search Engine System for Graph Images in Academic Literatures by Use of Semantic Relationships. *International Journal of Machine Learning and Computing*, 9(6). (Index: Scopus; ISSN: 2010-3700)
- Kanjanawattana, S. (2019). A novel outlier detection applied to an adaptive k-means. *International Journal of Machine Learning and Computing*, 9(5), 569-574. (Index: Scopus; ISSN: 2010-3700)
- Wechtaison, C., Prombutr, P. and Kanjanawattana, S. (2019) Creating Interference Graph for Frequency Channel Allocation for Multi-Floor Buildings. *International Journal of Electrical and Electronic Engineering & Telecommunications*, 8(5), pp. 274–280. Doi: 10.18178/ijeetc.8.5.274-280 DOI: 10.18178/ijeetc.181103 (Index: Scopus; ISBN 2319-2518)
- Kanjanawattana, S. & Kimura, M. (2017). Extraction and identification of bar graph components by automatic epsilon estimation. *International Journal of Computer Theory and Engineering*, 9(4), 256-261. (Index: INSPEC ,ISSN:1793-8201)
- Kanjanawattana, S., & Kimura, M. (2017). Novel Ontologies-based Optical Character Recognition-error Correction Cooperating with Graph Component Extraction. *BRAIN*.

Broad Research in Artificial Intelligence and Neuroscience, 7(4), 69-83. (Index: Thomson-Reuters (Emerging Sources Citation Index) ,ISSN: 2068-0473)

- Kanjanawattana, S., & Kimura, M. (2017). ANNSVM: A Novel Method for Graph-Type Classification by Utilization of Fourier Transformation, Wavelet Transformation, and Hough Transformation. BRAIN. Broad Research in Artificial Intelligence and Neuroscience, 8(2), 5-25. (Index: Thomson-Reuters (Emerging Sources Citation Index) ,ISSN: 2068-0473)

#### *การประชุมระดับนานาชาติ*

- S. Kanjanawattana, A. Jarat, P. Praneetpholkrang, G. Bhakdisongkhram and S. Weeragulpiriya, "Classification of Human Emotion from Speech Data Using Deep Learning," 2022 IEEE 5th International Conference on Big Data and Artificial Intelligence (BDAI), 2022, pp. 1-5, doi: 10.1109/BDAI56143.2022.9862743.
- Jirapipattanaporn, P., Lawanont, W., Kanjanawattana, S., Wechtaisong, C. & Inoue, M. (2021). Global Project Based Learning in IOT System Development Based on Online Platform. In SEATUC 2021, Institute Teknologi Bandung (ITB) (online). 25-26 February 2021, Indonesia.
- Praneetpholkrang, P., Huynh, V. N., & Kanjanawattana, S. Bi-Objective Optimization Model for Determining Shelter Location-Allocation in Humanitarian Relief Logistics. The 10th International Conference on Operations Research and Enterprise Systems, Online Streaming, 2-4 February 2021.
- Piyapong Kittichaiwatthana, Sarunya Kanjanawattana, Panchalee Praneetpholkrang (28 August 2020) Facial Expression Recognition using Deep Learning, SUT International Virtual Conference on Science and Technology, pp 41 (Abstract only)
- Kanjanawattana, S. (2012, May). An extended K-means++ with mixed attributes. In The 12th WSEAS International Conference on Applied Computer Science (ACS12), (pp. 131-135). (Index: SCOPUS, ISBN: 978-1-61804-092-3)
- Kanjanawattana, S. & Kimura, M. (2015, November). A proposal for a method of graph ontology by automatically extracting relationships between captions and x- and y-axis titles. In Proceedings of the 7th International Joint Conference on Knowledge Discovery, Knowledge Engineering and Knowledge Management, (pp. 231-238). (Index: Springer, ISBN: 978-3-319-52758-1)
- Kanjanawattana, S., & Kimura, M. (2015, December). Graph-type classification based on artificial neural networks and wavelet coefficients. In Proceedings of Second

International Conference on Digital Information Processing, Data Mining, and Wireless Communications (DIPDMWC2015).

- Kanjanawattana, S., & Kimura, M. (2016, October) Ontologies-based Optical Character Recognition-error Correction Method for Bar Graphs. In The Tenth International Conference on Advances in Semantic Processing (SEMAPRO 2016), (pp. 1-8). (Index: Google Scholar, ISBN: 978-1-61208-507-4)
- Kanjanawattana, S., & Kimura, M. (2016, December). Extraction of Graph Information Based on Image Contents and the Use of Ontology. International Association for Development of the Information Society, (pp. 19-26). (Index: Semantic Scholar)
- Kanjanawattana, S., & Kimura, M. (2017, September). Semantic-based Search Engine System for Graph Images in Academic Literature. 1st EAI International Conference on Technology, Innovation, Entrepreneurship and Education. (Index: Springer)
- Kanjanawattana, S., & Kimura, M. (2018, September). Ontology of Academic Sentence Dependencies for a Verb Choice Suggestion. In The Thirteenth International Conference on Digital Information Management Processing, (pp. 39-44). (Index: IEEEExplore)

#### วารสารวิชาการระดับชาติ

- ศรัญญา กาญจนวัฒนา, วรวิทย์ ตีรวัดนประภา, ปัญญชลี ปราณีตพลกรัง, & กัญจน์ ภัคดีสงคราม. (2022). การ จำแนกระดับความหวานของสับปะรดโดยใช้การเรียนรู้เชิงลึก. วารสารวิทยาศาสตร์และเทคโนโลยีมหาวิทยาลัยราชภัฏศรีสะเกษ, 2(1), 53-63.

#### การประชุมระดับชาติ

- ปิยะพงษ์ กิตติชัยวัฒนา และ ศรัญญา กาญจนวัฒนา (21 สิงหาคม 2563), การตรวจจับอารมณ์บนใบหน้าด้วยเทคนิคการเรียนรู้เชิงลึก การประชุมวิชาการวิศวกรรมศาสตร์ วิทยาศาสตร์ เทคโนโลยี และสถาปัตยกรรมศาสตร์ ครั้งที่ 11 หน้า 1083-1088

#### การประชุมเชิงปฏิบัติการ

- Kanjanawattana, S., & Kimura, M. (2016, February). Graph-type classification with neural networks using wavelet coefficients and discrete Fourier transformation. In SEATUC2016 Intensive Workshop.

#### รางวัล / ทุนวิจัย :

- รางวัลพระราชทานเหรียญเรียนดี ปีการศึกษา 2551 โดยวิศวกรรมสถานแห่งประเทศไทยในพระบรมราชูปถัมภ์ (วสท.)
- ทุนการศึกษา Royal Thai Government Scholarship, 2552-2554
- ทุนเรียนดีระดับปริญญาตรี, มหาวิทยาลัยเทคโนโลยีสุรนารี, 2548-2551

- ทุนการศึกษา Hybrid Twinning Program Scholarship (HBT), 2558
- ทุนการศึกษา Monbukagakusho (MEXT), 2559-2560

**ภาระงานสอน :**

- ENG23 3017 Introduction to Data Engineering
- 523211 ระบบฐานข้อมูล
- 523312 การค้นพบความรู้และการทำเหมืองข้อมูล
- 523354 ระบบปฏิบัติการ
- 523275 คณิตศาสตร์ทางคอมพิวเตอร์
- 523232 เทคโนโลยีเชิงวัตถุ
- 523314 การประมวลผลภาษาธรรมชาติเบื้องต้น
- 523315 พื้นฐานการเรียนรู้ของเครื่อง
- 551161 การเขียนโปรแกรมคอมพิวเตอร์เบื้องต้น
- 523480 วิศวกรรมคอมพิวเตอร์
- 211102 การวิเคราะห์ระบบสารสนเทศ
- 211201 การออกแบบและพัฒนาฐานข้อมูล
- 523497 หัวข้อขั้นสูงในวิศวกรรมคอมพิวเตอร์ 1

**การอบรม/สัมมนา/ประชุมวิชาการ :**

- เข้าร่วมการอบรม CDIO-based Education ณ บ้านดิน วังน้ำเขียว อ.วังน้ำเขียว จ.นครราชสีมา ในวันที่ 7 – 9 มีนาคม 2561
- เข้าร่วมการอบรม AUN-QA Implementation and Gap Analysis ณ มหาวิทยาลัยเทคโนโลยีสุรนารี ในวันที่ 18-19 เม.ย. 2561
- เข้าร่วมการอบรม ผู้ประเมินคุณภาพการศึกษาภายใน ระดับหลักสูตร ตามเกณฑ์ AUN QA ภายใต้ CUPT QA ณ มหาวิทยาลัยเทคโนโลยีสุรนารี ในวันที่ 18-20 กรกฎาคม 2561
- อบรมการเขียนข้อเสนอโครงการวิจัยอย่างไรให้ได้ทุนและรับฟังการขอทุน Research Brotherhood ในพุธที่ 27 กุมภาพันธ์ 2562 เวลา 9.00 น.
- เข้าร่วมกิจกรรม การให้ข้อมูล เรื่อง “ระเบียบ ขั้นตอน แนวปฏิบัติในการขอตำแหน่งทางวิชาการ” ในวันพฤหัสบดีที่ 26 ธันวาคม 2562 เวลา 13.30 น.
- กิจกรรมแลกเปลี่ยนเรียนรู้การวัดและประเมินผลด้วยการสอบแบบออนไลน์ วันที่ 22 พฤษภาคม 2563 เวลา เวลา 10.00-12.00 น.
- เข้าร่วมบรรยายทางวิชาการ “เส้นทางสู่ความเป็นนักวิจัยมืออาชีพ” ในวันที่ 30 มิถุนายน 2563 เวลา 09.00-12.00 น.

- เข้าร่วมกิจกรรม “การสอนแบบ Hybrid/Blended Learning ในยุค New Normal” โดย ผศ. ดร.ศรัญญา จุฬาริ สำนักวิชาพยาบาลศาสตร์ ในวันพุธที่ 8 กรกฎาคม 2563 เวลา 10.00 – 12.00 น.
- อบรมทบทวนเกณฑ์ AUN QA ระดับหลักสูตร ในวันที่ 16 กรกฎาคม 2563 เวลา 9.00-17.00 น.
- อบรม "AUN-QA Implementation: Constructive Alignment of CLO and Student Assessment" ผ่านโปรแกรม ZOOM Cloud Meeting วันอังคารที่ 14 ก.ค. 2563 เวลา 9.00 - 12.00 น.
- อบรมจริยธรรมการวิจัยในมนุษย์หลักสูตร “Human Subject Protection Course” วันที่ 14 ก.ค. 2563. เข้าเวลา 08.30-9.00 น. ช่วงบ่ายเวลา 13.00-13.30 น. และวันที่ 15 ช่วงเช้า เวลา 08.30-9.00 น.
- การประยุกต์ใช้ AUN-QA และ UKPSF ในการดำเนินการและพัฒนาคุณภาพหลักสูตรวิศวกรรมการผลิตอัตโนมัติและหุ่นยนต์ วันพุธที่ 29 ก.ค. 2563 เวลา 9.00 - 12.00 น.
- ฟังบรรยายเรื่อง “แนวทางการหาแหล่งทุนสนับสนุนการวิจัยสำหรับคณาจารย์ นักวิจัยและบุคลากร” ในวันศุกร์ที่ 31 กรกฎาคม 2563 เวลา 10.00-12.00 น.
- เข้าร่วมกิจกรรมมอบรางวัล SUT: Fit to Fight COVID-19 ในวันที่ 28 กันยายน 2563 เวลา 10.00-11.00 น. ณ ห้องสารวิธาน อาคารบริหาร มหาวิทยาลัยเทคโนโลยีสุรนารี
- เข้าร่วมการประชุมเพื่อประเมินภารกิจจัดการการเรียนการสอน ประจำปีการศึกษา 2563 ณ อาคารสุรพัฒน์ 2 วันที่ 8 ตุลาคม 2563 เวลา 13.30 เป็นต้นไป
- เข้าร่วมการแลกเปลี่ยนความเห็นด้านการพัฒนาหลักสูตรระดับนักศึกษาวิศวกรรมที่มีคุณภาพในตลาดแรงงาน ผ่านโปรแกรมประชุมออนไลน์ วันที่ 12 ตุลาคม 2563 เวลา 9.30-10.30 น.
- เข้าร่วมกิจกรรมการส่งเสริมความโปร่งใสและป้องกันการทุจริต วันที่ 14 ตุลาคม 2563 เวลา 15.30 – 17.00 น. ณ ห้อง B5101 อาคารเรียนรวม2
- อบรมหลักสูตร upskill & reskill องค์กรความรู้พื้นฐานเพื่อการบริหารมหาวิทยาลัยเทคโนโลยีสุรนารี ระหว่างเดือน มกราคม - มีนาคม 2564
- อบรมโครงการ SUT | 21st Century Essential Skills for Faculty Teaching วันที่ 24 กพ 3,10,17 มี.ค. 64
- อบรม “การขอรับรองมาตรฐานคุณภาพการศึกษาวิศวกรรมศาสตร์ (TABEE)” ในวันที่ 29 มิถุนายน 2564 และ 1 กรกฎาคม 2564 เวลา 09.00-15.00 น. ผ่านระบบออนไลน์
- ประชุมรับฟังการนำเสนอแนวทางการขับเคลื่อนมหาวิทยาลัยสู่การจัดอันดับ Impact Rankings วันที่ 30 สิงหาคม 2564 ผ่าน Zoom
- กรรมการการแข่งขัน SUTLine Bot ครั้งที่ 1 วันที่ 12 กันยายน 2564
- อบรม AUN-QA Implementation and Gap Analysis version 4 รุ่นที่ 4 วันที่ 29-30 กันยายน 2564 ผ่านโปรแกรม Zoom



- อบรมเชิงปฏิบัติการหลักสูตรธรรมาภิบาลข้อมูล และการคุ้มครองข้อมูลส่วนบุคคล รุ่นที่ 3 วันที่ 14-15 ตุลาคม 2564 ผ่านโปรแกรมซูม

#### การบริการวิชาการ :

- ประเมินผลงานวิจัยเพื่อตีพิมพ์ในวารสารวิชาการ มหาวิทยาลัยราชภัฏนครราชสีมา
- ประเมินผลงานวิจัยเพื่อตีพิมพ์ในวารสารวิชาการ BRAIN. Broad Research in Artificial Intelligence and Neuroscience
- ประเมินผลงานวิจัย Electrical Engineering Academic Association (EEAAT), 2564
- ประเมินผลงานวิจัยเพื่อตีพิมพ์ในวารสารวิชาการ Suranaree Journal of Science and Technology
- อาจารย์พิเศษ วิชา 618344 วิศวกรรมระบบปฏิบัติการเบื้องต้น มหาวิทยาลัยศิลปกร พระราชวังสนามจันทร์ คณะวิศวกรรมศาสตร์และเทคโนโลยีอุตสาหกรรม ภาควิชาวิศวกรรมไฟฟ้า
- เป็น UKPFS Mentor โครงการ STAR SUT ปี 2564

#### โครงการวิจัย :

- โครงการความร่วมมือกับสถาบันวิจัยไทยในการบูรณาการเรียนรู้กับการทำงานและวิจัยตามสัญญา (นายนิธิภัทร์ ชัยสุวรรณ)  
แหล่งทุน คือ บริษัท เอชจีเอสที (ประเทศไทย) จำกัด งบประมาณ 424,000 บาท
- โครงการของนักวิจัยหน้าใหม่ งบประมาณ 100,000 บาท, 2563 จากมหาวิทยาลัยเทคโนโลยีสุรนารี
- โครงการส่งเสริมและสนับสนุนบุคลากรด้านวิทยาศาสตร์ เทคโนโลยีและการจัดการภาครัฐและสถาบันอุดมศึกษาไปปฏิบัติงานเพื่อเพิ่มขีดความสามารถแข่งขัน ในภาคการผลิตและบริการ (Talent Mobility)  
ชื่อโครงการ คือ การตรวจจัดการเป็นสัดโนโคนมโดยใช้อินเทอร์เน็ตทางสรรพสิ่ง  
งบประมาณ 236,800 บาท, 2563  
แหล่งทุนคือ สำนักงานอุทยานวิทยาศาสตร์ มหาวิทยาลัยขอนแก่น
- โครงการกิจกรรมสนับสนุนเพื่อเร่งการเติบโตของธุรกิจนวัตกรรมรายใหม่สำหรับอุตสาหกรรมเป้าหมายของประเทศ (Research Gap Fund) ประจำปีงบประมาณ 2563  
แหล่งทุนคือ สำนักงานพัฒนาวิทยาศาสตร์และเทคโนโลยีแห่งชาติ (สวทช.)  
งบประมาณที่ได้ คือ 1,500,000 บาท  
ชื่อโครงการ คือ การพัฒนาเทคโนโลยีสำหรับจำลองระบบสืบพันธุ์โนโคนมเพศเมียเพื่อใช้ในการคัดแยกคุณภาพของตัวสุจิก่อนการผลิตน้ำเชื้อโคนมแช่แข็ง  
(Development of technology that mimics the reproductive system in dairy cow for separating high-quality of bull sperm using before the production of bull semen cryopreservation)

- งบประมาณงานวิจัยและนวัตกรรม ประเภท Fundamental Fund ประจำปีงบประมาณ 2565  
ชื่อโครงการชุด คือ การพัฒนางานวิจัยและนวัตกรรมด้านโทรเวชกรรม (Telemedicine) สำหรับโรงพยาบาลมหาวิทยาลัยเทคโนโลยีสุรนารี  
ชื่อโครงการย่อย คือ โครงการพัฒนาระบบศูนย์กลางโทรเวชกรรม (Telemedicine) สำหรับอุปกรณ์ตรวจสุขภาพใช้งานในบ้าน งบประมาณที่ได้ 500,000 บาท เป็นหัวหน้าโครงการย่อย
- งบประมาณงานวิจัยและนวัตกรรม ประเภท Fundamental Fund ประจำปีงบประมาณ 2566  
ชื่อโครงการชุด คือ โครงการพัฒนาระบบศูนย์กลางโทรเวชกรรม (Telemedicine) สำหรับอุปกรณ์ตรวจสุขภาพใช้งานในบ้านแบบครบวงจร งบประมาณที่ได้ 1,440,000 บาท เป็นหัวหน้าโครงการชุด

