รหัสโครงการ SUT1-107-60-12-17



รายงาน<mark>ก</mark>ารวิจัย

การออกแบบและพัฒนาระบบเชิงแสงของการวัดภูมิลักษณะความหนา สำหรับการวิเคราะห์วัสดุฟิล์มบางแบบไม่สัมผัส (Design and Development of Optical Thickness Topography

Technique for Non-contact Characterization of Thin Film

Materials)



ได้รับทุนอุดหนุนการวิจัยจาก มหาวิทยาลัยเทคโนโลยีสุรนารี

ผลงานวิจัยเป็นความรับผิดชอบของหัวหน้าโครงการวิจัยแต่เพียงผู้เดียว

รหัสโครงการ SUT1-107-60-12-17



รายงาน<mark>ก</mark>ารวิจัย

การออกแบบและพัฒนาระบบเชิงแสงของการวัดภูมิลักษณะความหนา สำหรับการวิเคราะห์วัสดุฟิล์มบางแบบไม่สัมผัส

(Design and Development of Optical Thickness Topography

Technique for Non-contact Characterization of Thin Film

Materials)

คณะผู้วิจัย หัวหน้าโครงการ ผู้ช่วยศาสตราจารย์ ดร. พนมศักดิ์ มีมนต์ สาขาวิชาฟิสิกส์

สำนักวิชาวิทยาศาสตร์

ผู้ร่วมวิจัย ศาสตราจารย์ ดร. โจโวโน วิดจายา

ได้รับทุนอุดหนุนการวิจัยจากมหาวิทยาลัยเทคโนโลยีสุรนารี ปีงบประมาณ พ.ศ. 2560 ผลงานวิจัยเป็นความรับผิดชอบของหัวหน้าโครงการวิจัยแต่เพียงผู้เดียว

สิงหาคม 2562

กิตติกรรมประกาศ

การวิจัยครั้งนี้ได้รับทุนอุดหนุนการวิจัยจากมหาวิทยาลัยเทคโนโลยีสุรนารีและสำนักงาน

คณะกรรมการวิจัยแห่งชาติ ประจำปีงบประมาณ พ.ศ. 2560

ทีมวิจัย สิงหาคม 2562

บทคัดย่อภาษาไทย

วัสดุฟิล์มบางที่มีความหนาในระดับไมโครเมตรหรือนาโนเมตรมีการใช้งานอย่างแพร่หลายทั้งใน ระดับงานวิจัย ระดับอุตสาหกรรม และการใช้งานในชีวิตประจำวัน คุณสมบัติที่สำคัญของการออกแบบระบบ ฟิล์มบางก็คือความสม่ำเสมอของความหนา (thickness uniformity) และดัชนีหักเหของวัสดุนั้นๆ ซึ่งส่งผล กระทบโดยตรงต่อคุณสมบัติการส่งผ่าน (transmittance) และการสะท้อน (reflectance) ของแสงผ่านฟิล์ม บาง อย่างไรก็ตามการวัดความหนาของฟิล์มบางไม่สามารถทำได้ด้วยวิธีการวัดปกติซึ่งต้องอาศัยการสัมผัสตัว วัสดุ ซึ่งนอกจากจะมีข้อจำกัดด้านความแม่นยำแล้ว ยังอาจส่งผลให้ความหนาของวัสดุเปลี่ยนแปลงไป เนื่องจากเครื่องมือวัด การวัดความหนาของแผ่นฟิล์มบางที่มีประสิทธิภาพสูงจึงต้องอาศัยเทคนิคเชิงแสง ซึ่งไม่ มีการสัมผัสชิ้นงานที่ต้องการวัด (non-contact) และไม่ทำลายคุณสมบัติของชิ้นงาน (non-destructive) ใช้ เวลารวดเร็วในการวัด และมีต้นทุนต่ำ (low cost)

โครงการวิจัยนี้ เป็นการออกแบบและพัฒนากล้องจุลทรรศน์อินฟราเรดด้วยหลักการ OCT เพื่อการ สร้างแผนภาพความหนาของฟิล์มบางแบบไม่สัมผัส โดยออกแบบให้สามารถวัดวัสดุฟิล์มบางได้ทั้งที่เป็นแก้ว พลาสติก โพลีเมอร์ สารกึ่งตัวนำ และที่สำคัญยังสามารถวัดความหนาของไบโอฟิล์มที่ยังมีชีวิตได้ด้วย ซึ่ง สามารถวัดความหนาได้โดยไม่มีการสัมผัสแผ่นฟิล์มบาง ไม่ต้องมีการเตรียมตัวอย่างที่ซับซ้อน และไม่ต้องเปิด ผิวชิ้นงาน ทำให้สามารถวัดได้เร็ว สามารถวัดตัวอย่างที่มีความหนาไม่สม่ำเสมอได้เป็นบริเวณกว้าง ทั้งยังใช้ แสงอินฟราเรดที่พลังงานต่ำในระดับมิลลิวัตต์ ทำให้ไม่ส่งผลกระทบต่อการเจริญเติบโตของเซลล์สิ่งมีชีวิต เหมาะกับงานที่ต้องการติดตามการเปลี่ยนแปลงความหนาของไบโอฟิล์มแบบต่อเนื่องเป็นระยะเวลานานได้



บทคัดย่อภาษาอังกฤษ

Thin film material with micrometer or nanometer thickness is widely used both at the research level. Industrial level and daily use. The important feature of thin film is consistency of thickness uniformity and refractive index of the thin film material, which directly affects the transmission and reflection properties of light through thin film. However, the measurement of thin film thickness is not possible with conventional measurement methods that require material contact, which lead to limitation in measurement precision. The measurement of the thickness of thin films with high accuracy would require the techniques that does not touch the workpiece that needs measurement and does not destroy the properties of the workpiece upon measurement, fast measurement and low cost. Making it able to measure quickly Can measure the grill that has an uneven thickness in a wide area It also uses infrared light at low power at milliwatts.

This research project aims for the design and development of infrared microscopes based on OCT principle for creating non-contact thin film thickness mapping. The prototype has been developed to be able to measure thin film materials, such as glass, plastic, polymer, semiconductor, and more importantly, can also measure the thickness of live biofilms. The prototype can measure the thickness without touching the thin film, no complicated sample preparation is required, no need to open the work surface of the sample. This enables for high speed measurement. In addition, it has ability to measure thin film with uneven thickness over a wide measurement area. Moreover, it uses near infrared wavelength with low power in order of a few milliwatt.

สารบัญ

หน้า

กิตติกรรมประกาศ	ก
บทคัดย่อภาษาไทย	ข
บทคัดย่อภาษาอังกฤษ	ค
สารบัญ	٩
สารบัญรูปภาพ	ຈ
บทที่ 1 บทนำ	
ความสำคัญและที่มาของปัญหาการวิจัย	
วัตถุประสงค์ของการวิจัย	2
ขอบเขตของการวิจัย	2
ประโยชน์ที่ได้รับจากการวิจัย	
บทที่ 2 การทบทวนวรรณกรรม (reviewed literature)	
การทบทวนวรรณกรรม (revie <mark>we</mark> d literature)	
บทที่ 3 วิธีดำเนินการวิจัย	9
วิธีการดำเนินการวิจัย	
บทที่ 4 ผลการดำเนินงานวิจัย	
คุณสมบัติของระบบต ้นแบบ	
ประสิทธิภาพของระบบ	
ตัวอย่างการประยุกต์ระบบต้นแบบ <mark>ที่พัฒนาขึ้นในงานวิจัยด้</mark> า	นต่างๆ ที่เกี่ยวข้อง20
บทที่ 5 สรุปผลการวิจัย	
สรุปรวมผลงานวิจัย	
ผลผลิตของงานวิจัย	
การเผยแพร่ผลงานวิจัยของโครงการ	
การศึกษาวิจัยเพิ่มเติม	
บรรณานุกรม	
ประวัตินักวิจัย	

สารบัญรูปภาพ

รูปที่ 2.1 Optical topography ของชั้นความหนาในวัสดุโพลีเมอร์ ¹¹ 5
รูปที่ 2.2 ตัวอย่างการประยุกต์ Optical topography ในการวิเคราะห์ชั้นความหนาของซิลิกอนเวเฟอร์ ¹ 5
รูปที่ 3.1 แผนภาพแสดงส่วนประกอบของระบบ Optical Thickness Topography
รูปที่ 3.2 ภาพถ่ายระบบหัวถ่ายภาพจาก (a) ด้านหน้า และ (b) ด้านข้าง
รูปที่ 3.3 ต้นแบบระบบสเปคโตรมิเตอร์ความเร็วสูงเพื่ <mark>อ</mark> การตรวจจับสัญญาณแทรกสอดแสงอินฟราเรด 12
รูปที่ 3.4 แผนภาพแสดงอัลกอลิทึมในการวิเคราะห์แผ <mark>นภ</mark> าพความหนาของตัวอย่างจากข้อมูลสามมิติจาก
ระบบโอซีที
รูปที่ 3.5 ภาพตัวย่างการวิเคราะห์ความละเอียดขอ <mark>งการถ่าย</mark> ภาพในแนวระนาบ (lateral resolution) โดยใช้
1951 USAF resolution target โดยจากรูประบบต้นแบบที่พัฒนาขึ้นสามารถแยกได้ขั้นต่ำประมาณ
กลุ่มที่ 7 element 1 ซึ่งเทียบได้กับค่าก <mark>ำลัง</mark> แยกประ <mark>มาณ</mark> 4 ไมโครเมตร
รูปที่ 3.6 กราฟแสดงการลดลงของสัญญาณที่ <mark>ระดับความลึกต่างๆ</mark> กัน ซึ่งเป็นตัวกำหนดความลึกศุงสุดของการ
ถ่ายภาพของระบบต้นแบบอยู่ที่ประ <mark>มาณ</mark> 2.5 มิลลิเมตร โด <mark>ยวัด</mark> จากตำแหน่งที่สัญญาณลดลงไป 10 เท่า
จากตำแหน่งที่ขนาดสัญญาณสูงสุด
รูปที่ 4.1 ภาพถ่ายระบบต้นแบบ (a) และ (b) ส่วนสแกน XY stage (c) บอร์ดสำหรับควบคุม XY stage 17
รูปที่ 4.2 (a) ภาพภูมิลักษณะของ <mark>พื้นผิวบนของไบโอฟิล์ม</mark> (b) ภาพภูมิลักษณะของพื้นผิวล่างของไบโอฟิล์ม (c)
ภาพภูมิลักษณะของความห <mark>นาเชิงแสงไบโอฟิล์ม (d) ภาพด้านบนของคว</mark> ามหนาเชิงแสงไบโอฟิล์ม 18
รูปที่ 4.3 แสดงตัวอย่างการวิเคราะ <mark>ห์การกระจายของความหนาและความส</mark> ม่ำเสมอของความหนาของ
แผ่นฟิล์ม (a) แผนภาพความหนาที่ <mark>ถ่ายโดยระบบต้นแบบ (b)</mark> ความหนาและส่วนเบี่ยงเบนมาตรฐานของ
ความหนาในแต่ละพื้นที่ย่อยโดยแบ่งเป็น 25 พื้นที่ (c) แผนภาพแสดงความหนาเฉลี่ยในแต่ละพื้นที่ย่อย
และ(d) แผนภาพแสดงค่าส่วนเบี่ยงเบนมาตรฐานของความหนาในแต่ละพื้นที่ย่อย
รูปที่ 4.4 ตัวอย่างการถ่ายภาพไบโอฟิล์มโดยไม่ต้องนำชิ้นตัวอย่างออกจากระบบเพาะเลี้ยง
รูปที่ 4.5 ตัวอย่างภาพถ่ายตัดขวางของไบโอฟิล์มที่ก่อตัวบนผิวของแผ่นทองแดงและสังกะสีที่ถ่ายโดยระบบ
ต้นแบบเป็นเวลาต่อเนื่อง 14 วัน21
รูปที่ 4.6 แสดงภาพพื้นผิวสามมิติของการเกิดไบโอฟิล์มบนผิวแผ่นทองแดงในสัปดาห์ที่ 3 (ภาพ a) และ 4
(ภาพ b) ตามลำดับ21
รูปที่ 4.7 (a) และ (b) แสดงตัวอย่างการวิเคราะห์การกระจายความหนาของไบโอฟิล์มบนผิวแผ่นทองแดงใน
22

บทนำ

1.1 ความสำคัญและที่มาของปัญหาการวิจัย

ปัจจุบันการศึกษาทางด้านวัสดุศาสตร์ได้รับความสนใจอย่างมาก นำมาซึ่งการพัฒนาองค์ ความรู้ และการพัฒนาเทคโนโลยีด้านต่างๆ ให้ก้าวหน้าไปอย่างรวดเร็ว ทั้งนี้ ในการศึกษาทางด้านวัสดุ ศาสตร์ยังสามารถจำแนกย่อยลงไปได้อีกหลายแขนง อาทิ ด้านวัสดุนาโน ด้านวัสดุสารกึ่งตัวนำ และ ด้านวัสดุฟิล์มบาง เป็นต้น ซึ่งองค์ประกอบที่สำคัญ ที่มีส่วนส่งเสริมพัฒนาการของการศึกษาทางด้าน วัสดุศาสตร์ต่างๆ คือเครื่องมือวิเคราะห์คุณสมบัติของวัสดุตัวอย่าง ซึ่งในส่วนของวัสดุฟิล์มบางนั้น คุณสมบัติหนึ่งที่สำคัญอย่างมากคือ ความหนาและความสม่ำเสมอของความหนาของแผ่นฟิล์ม

ทั้งนี้ วัสดุฟิล์มบาง (ความหนาในระดับไมโครเมตรหรือนาโนเมตร) มีการใช้งานอย่าง แพร่หลายทั้งในระดับงานวิจัย ระดับอุตสาหกรรม และการใช้งานในชีวิตประจำวัน คุณสมบัติที่สำคัญ ของการออกแบบระบบฟิล์มบางก็คือความสม่ำเสมอ (uniformity) ของความหนาและดัชนีหักเหของ วัสดุนั้นๆ ซึ่งส่งผลกระทบโดยตรงต่อคุณสมบัติการส่งผ่าน (transmittance) และการสะท้อน (reflectance) ของแสงผ่านฟิล์มบาง อย่างไรก็ตามการวัดความหนาของฟิล์มบางไม่สามารถทำได้ด้วย วิธีการวัดปกติซึ่งต้องอาศัยการสัมผัสตัววัสดุ ซึ่งนอกจากจะมีข้อจำกัดด้านความแม่นยำแล้ว ยังอาจ ส่งผลให้ความหนาของวัสดุเปลี่ยนแปลงไปเนื่องจากเครื่องมือวัด การวัดความหนาของแผ่นฟิล์มบางที่มี ประสิทธิภาพสูงจึงต้องอาศัยเทคนิคเชิงแสงซึ่งไม่มีการสัมผัสชิ้นงานที่ต้องการวัด (non-contact) และ ไม่ทำลายคุณสมบัติของชิ้นงาน (non-destructive)

โครงการนี้มุ่งหวังที่จะออกแบบและสร้างระบบการถ่ายภาพภูมิลักษณะความหนา (optical thickness topography) สำหรับการวิเคราะห์วัสดุชนิดฟิล์มบาง ที่มีประสิทธิภาพสูงในด้านความเร็ว ในการบันทึกสัญญาณและความละเอียดของการวัด เพื่อใช้ในการวิเคราะห์คุณลักษณะพื้นผิวและความ หนาของชิ้นงานวัสดุชนิดฟิล์มบางโดยไม่มีการสัมผัสชิ้นงาน และยังสามารถพัฒนาไปสู่การประยุกต์ใช้ ในงานตรวจสอบคุณภาพของแผ่นฟิล์มบางในงานวิจัยด้านต่างๆ อาทิ ด้านชีววิทยา ด้านชีวการแพทย์ ด้านการเกษตร และด้านอุตสาหกรรม ต่อไป โดยเทคนิคที่นำเสนอนี้ เป็นเทคนิคที่เน้นความสะดวกใน การใช้งานในการวิเคราะห์พื้นผิว ความหนา และความสม่ำเสมอของความหนาของวัสดุไมโครฟิล์ม ซึ่ง จะถูกออกแบบให้สามารถใช้ได้กับทั้งวัสดุทั่วไปและตัวอย่างทางชีวภาพ อีกทั้ง ยังเป็นเทคนิคที่ไม่ ยุ่งยากในการเตรียมชิ้นงานวัสดุตัวอย่างในการทดสอบ และที่สำคัญคือไม่มีการสัมผัสชิ้นงานและไม่ ทำลายพื้นผิวของชิ้นงานวัสดุตัวอย่าง ซึ่งทีมผู้วิจัยคาดหวังว่าต้นแบบระบบและเทคนิคการถ่ายภาพภูมิ ลักษณะความหนาที่พัฒนาชิ้นนี้ จะมีส่วนสำคัญที่จะช่วยในการวิเคราะห์คุณลักษณะของฟิล์มบางขนิด

2

ต่างๆ และช่วยสนับสนุนงานวิจัยด้านอื่นๆ ที่เกี่ยวข้อง อาทิ งานวิจัยทางวัสดุศาสตร์ งานวิจัยทาง ชีวภาพและชีวการแพทย์ งานด้านอุตสาหกรรมฮาร์ดดิสก์ งานอุตสาหกรรมอิเล็กทรอนิกส์ อุตสาหกรรมฟิล์มบางอื่นๆ ต่อไป

1.2 วัตถุประสงค์ของการวิจัย

- เพื่อพัฒนาระบบการวัดภูมิลักษณะความหนา (Optical Thickness Topography) ของวัสดุชิ้นงานชนิดฟิล์มบาง ได้อย่างแม่นยำโดยไม่ให้มีการสัมผัสชิ้นงานตัวอย่าง
- เพื่อนำระบบต้นแบบที่ได้ไปใช้ในงานวิจัยเพื่อพัฒนาเทคนิคใหม่ๆ เพื่อการวิเคราะห์ คุณลักษณะความหนาของวัสดุฟิล์มบางชนิดต่างๆ ในทั้งในด้านงานวิจัยและ อุตสาหกรรม
- เพื่อเป็นการให้ความรู้และฝึกฝนทักษะแก่นักศึกษาในการออกแบบและสร้างระบบเชิง แสง และให้สามารถนำไปประยุกต์ใช้งานจริงได้
- เพื่อนำระบบที่พัฒนาขึ้นไปใช้เป็นสื่อในการฝึกอบรมและถ่ายทอดเทคโนโลยีเกี่ยวกับ ระบบเชิงแสงของการถ่ายภาพภูมิลักษณะความหนาสำหรับวัสดุชิ้นงานชนิดฟิล์มบาง

1.3 ขอบเขตของการวิจัย

เป็นการวิจัยและพัฒนาองค์ความรู้ด้านเทคนิคและวิธีการเชิงแสงเพื่อการสร้างต้นแบบระบบ ถ่ายภาพพื้นผิวสามมิติสำหรับฟิล์มบาง ทั้งนี้ ระบบต้นแบบที่ได้จะเป็นต้นแบบในระดับปฏิบัติการ โดย การประยุกต์กล้องจุลทรรศน์ทั่วไป ประกอบร่วมกับอุปกรณ์เชิงแสงเป็นระบบนี้ เมื่อได้ระบบที่สมบูรณ์ แล้วก็จะได้ออกแบบและดำเนินการทดลองเพื่อวิเคราะห์ประสิทธิภาพการทำงานของระบบด้วย และมีขอบเขตของระบบต้นแบบดังนี้

- แหล่งกำเนิดแสงแบบ super luminescent diode ปล่อยแสงอินฟราเรดในช่วง 800-900 นาโนเมตร กำลังแสงส่งออก 10 mW
- 2) ออกแบบและสร้างระบบการแทรกสอดแสงขึ้นเองในห้องปฏิบัติการ
- ออกแบบและสร้างระบบสเปคโตรมิเตอร์ความเร็วสูงโดยใช้เซ็นเซอร์แสงแบบแถวเดียว
 ชนิด CMOS เพื่อตรวจจับสัญญาณสเปคตรัม
- 4) ความละเอียดของการถ่ายภาพในสามมิติอยู่ในช่วง 10-20 ไมโครเมตร
- 5) ออกแบบระบบสำหรับการวิเคราะห์ตัวอย่างชนิดฟิล์มบาง
- ออกแบบและพัฒนาโปรแกรมเพื่อการควบคุมการสแกนลำแสง การบันทึกสัญญาณ การ ประมวลผลสัญญาณ และส่วนติดต่อกับผู้ใช้ โดยโปรแกรมแล็บวิว (Labview)

1.4 ประโยชน์ที่ได้รับจากการวิจัย

ประโยชน์ที่ได้หลังจากเสร็จสิ้นโครงการวิจัยนี้คือ ต้นแบบระบบถ่ายภาพพื้นผิวสามมิติ ที่เป็น การพัฒนาและประยุกต์จากกล้องจุลทรรศน์ธรรมดาเพิ่มประสิทธิภาพในการถ่ายภาพ โดยต้นแบบ สามารถที่จะถ่ายภาพในลักษณะภาพตัดขวางสองมิติ และสามมิติ นอกจากนี้ยังสามารถวิเคราะห์ความ หนาของตัวอย่างในลักษณะมุมสูง (topography) มีขีดความสามารถในการถ่ายภาพที่ความเร็ว 5 ภาพ ต่อวินาที ความละเอียดในการถ่ายภาพในระดับ 10-15 ไมโครเมตร ซึ่งปัจจุบันระบบต้นแบบดังกล่าว ตั้งอยู่ ณ ห้องปฏิบัติการเชิงแสงของสาขาวิชาฟิสิกส์ สำนักวิชาวิทยาศาสตร์ มหาวิทยาลัยเทคโนโลยีสุร นารี และได้เริ่มเปิดโอกาสให้นักวิจัยในสาขาวิชาต่างๆ ที่เกี่ยวข้อง ได้เข้ามาศึกษาดูงานและประยุกต์ใช้ ในการวิเคราะห์ตัวอย่าง เช่น การวิเคราะห์ตัวอย่างวัสดุฟิล์มบาง การวิเคราะห์ตัวอย่างไบโอฟิล์มที่เกิด บนโลหะ เป็นต้น

นอกจากนี้ ผลของงานวิจัยครั้งนี้ได้ถูกนำไปเผยแพร่ในงานประชุมเชิงวิชาการระดับชาติและ ระดับนานาชาติรวม 3 ครั้ง รวมถึงมีการตีพิมพ์เผยแพร่ผลงานวิจัยในรูปแบบบทความเต็มแล้ว 2 บทความ (รายละเอียดดังภาคผนวก ก) และได้รับรางวัลสภาวิจัยแห่งชาติ รางวัลสิ่งประดิษฐ์คิดค้น ระดับเกียรติคุณ ประจำปี 2562 สาขาวิทยาศาสตร์กายภาพและคณิตศาสตร์ อีกทั้ง ระบบต้นแบบเชิง ปฏิบัติการและเทคนิคการวิเคราะห์ที่พัฒนาขึ้น จากผลของงานวิจัยครั้งนี้ จะได้ถูกนำไปพัฒนาต่อเนื่อง เพื่อเพิ่มความสามารถในการวิเคราะห์คุณสมบัติด้านต่างๆ ของตัวอย่าง เช่น วัสดุฟิล์มบาง และเนื้อเยื่อ ทางชีวภาพ ซึ่งจะเป็นประโยชน์และเพิ่มประสิทธิภาพ หรือขีดความสามารถของงานวิจัยให้ดียิ่งขึ้นไป ในอนาคต

> รับ รับ รักยาลัยเทคโนโลยีสุรุบา

บทที่ 2

การทบทวนวรรณกรรม (reviewed literature)

2.1 การทบทวนวรรณกรรม (reviewed literature)

กระบวนการทางวิทยาศาสตร์ทางด้านวัสดุศาสตร์ มีกระบวนการวัดเพื่อให้ได้ข้อมูลหลาย หลายวิธี เพื่อนำข้อมูลมาวิเคราะห์ถึงลักษณะโครงสร้าง หรือคุณสมบัติต่างๆของตัวอย่างนั้นๆ ซึ่งหนึ่ง ในข้อมูลที่ต้องการนำมาเพื่อการวิเคราะห์ก็คือ "ความหนา" โดยเครื่องมือทางวิทยาศาสตร์ ที่ใช้ในการ วัดความหนามีหลากหลายวิธี ทั้งกระบวนการวัดแบบพื้นฐาน เช่น ไม้บรรทัด เวอร์เนียร์คาริปเปอร์ ไมโครมิเตอร์ เป็นต้น หรือกระบวนการขั้นสูง เช่น SEM และ Elipsometry เป็นต้น ซึ่งในแต่ละ กระบวนการนั้นต่างมีข้อดี และข้อด้อยที่แตกต่างกัน เช่น SEM และ Elipsometry เป็นต้น ซึ่งในแต่ละ กระบวนการนั้นต่างมีข้อดี และข้อด้อยที่แตกต่างกัน เช่น SEM และ Elipsometry สามารถให้ข้อมูลที่ มีความละเอียดสูงในการวัด แต่เป็นกระบวนการวัดที่ทำลายตัวอย่างชิ้นงาน และขั้นตอนที่ชับซ้อนใน การเตรียมตัวอย่างในการวัด รวมถึงให้ข้อมูลในลักษณะเพียงแค่สองมิติ ในส่วนของวัสดุฟิล์มบางนั้น คุณสมบัติหนึ่งที่สำคัญอย่างมากคือ และความสม่ำเสมอของความหนาของแผ่นฟิล์ม^{1,2} ซึ่งหนึ่งใน เทคนิคที่ใช้ในการวิเคราะห์ก็คือ การวิเคราะห์ความหนาด้วยการแทรกสอดของแสง (Optical Interferometry) ได้มีการศึกษาและนำมาใช้ในการวิเคราะห์ความหนาและพื้นผิวของชิ้นงานตัวอย่าง เริ่มในปี ค.ศ. 1982³ และได้มีการศึกษาอย่างต่อเนื่องจนถึงปัจจุบัน^{1,4-9}

ทั้งนี้ วัสดุฟิล์มบาง (ความหนาในระดับไมโครเมตรหรือนาโนเมตร)¹⁰ มีการใช้งานอย่าง แพร่หลายทั้งในระดับงานวิจัย ระดับอุตสาหกรรม และการใช้งานในชีวิตประจำวัน คุณสมบัติที่สำคัญ ของการออกแบบระบบฟิล์มบางก็คือความสม่ำเสมอ (uniformity) ของความหนาและดัชนีหักเหของ วัสดุนั้น ๆ ซึ่งส่งผลกระทบโดยตรงต่อคุณสมบัติการส่งผ่าน (transmittance) และการสะท้อน (reflectance) ของแสงผ่านฟิล์มบาง อย่างไรก็ตามการวัดความหนาของฟิล์มบางไม่สามารถทำได้ด้วย วิธีการวัดปกติซึ่งต้องอาศัยการสัมผัสตัววัสดุ ซึ่งนอกจากจะมีข้อจำกัดด้านความแม่นยำแล้ว ยังอาจ ส่งผลให้ความหนาของวัสดุเปลี่ยนแปลงไปเนื่องจากเครื่องมือวัด การวัดความหนาของแผ่นฟิล์มบางที่มี ประสิทธิภาพสูงจึงต้องอาศัยเทคนิคเชิงแสง¹¹ ซึ่งไม่มีการสัมผัสชิ้นงานที่ต้องการวัด (non-contact) และไม่ทำลายคุณสมบัติของชิ้นงาน (non-destructive)^{8,12} สามารถถ่ายภาพชิ้นได้ทั้ง 2 มิติและ 3 มิติ ใช้เวลารวดเร็วในการถ่ายภาพชิ้นงาน และต้นทุนต่ำ (low cost)¹



รูปที่ 2.1 Optical topogr<mark>aphy ข</mark>องชั้นความหนาในวัสดุโพลีเมอร์ ¹¹

อีกหนึ่งอุตสาหกรรมที่สำคัญ ที่ต้องการการวัดความหนาและความสม่ำเสมอของชั้นฟิล์ม คือ อุตสาหกรรมการผลิตแผ่นชิพสารกึ่งตัวนำ ซึ่งเป็นส่วนประกอบสำคัญในการทำวงจรอิเล็กทรอนิกส์ ไดโอดเปล่งแสง (LED) แผ่นเซลล์พลังงานแสงอาทิตย์ และ อุปกรณ์ MEMS เป็นต้น ซึ่งองค์ประกอบ หนึ่งที่สำคัญในการสร้างชั้นของสารกึ่งตัวนำคือ ความเรียบของพื้นผิวและความสม่ำเสมอของชั้นความ หนาของซิลิกอนที่ปลูกลงไปบนวัสดุพื้น⁶ ยิ่งไปกว่านั้น ในอุตสาหกรรมปัจจุบันยังมีความต้องการวัด ความเรียบของพื้นผิว² และความหนาที่ความละเอียดสูงขึ้น¹³ และไม่เพียงต้องการทราบข้อมูลดังกล่าว เฉพาะจุดเท่านั้น แต่ต้องการวัดตลอดทั้งพื้นผิว จึงจำเป็นต้องใช้เทคนิคของ topography และต้องการ การวัดแบบไม่สัมผัส จึงต้องใช้เทคนิคเชิงแสง optical profilometry หรือ optical topography^{9,14,15}



รูปที่ 2.2 ตัวอย่างการประยุกต์ Optical topography ในการวิเคราะห์ชั้นความหนาของซิลิกอนเว เฟอร์¹

Optical Thickness Topography เป็นเทคนิคการถ่ายภาพภูมิลักษณะความหนาของ ตัวอย่างโดยสามารถถ่ายภาพตัวอย่างหรือชิ้นงาน โดยใช้แสงเลเซอร์ฉายในมุมสูง และใช้หลักการแทรก สอดของแสงที่สะท้อนกลับจากผิวบนของตัวอย่างและแสงที่สะท้อนจากผิวล่างของตัวอย่าง สามารถวัด ความหนาของชิ้นงานได้ ซึ่งความสามารถของการถ่ายภาพด้วยเทคนิค Optical Thickness Topography นี้สามารถถ่ายภาพของตัวอย่างชิ้นงานได้ด้วยความเร็วสูง¹³ ได้ภาพที่มีลักษณะเป็น ภาพตัดขวางในสองมิติ และสามมิติ¹⁶ สามารถวัดความหนาชิ้นงานและพื้นผิวทั่วทั้งชิ้นงาน ซึ่งเหมาะ กับการใช้เพื่อถ่ายภาพวัสดุชนิดฟิล์มบาง^{8,12,17} วัสดุโปร่งแสงต่างๆ^{11,16} และรวมไปจนถึงเนื้อเยื่อชีวภาพ (biological tissue)^{18,19} โดยความละเอียดในการถ่ายภาพอยู่ในระดับสูง ไม่ทำลายวัสดุตัวอย่าง (nondestructive) และไม่เป็นอันตรายต่อวัสดุตัวอย่าง (non-invasive) เนื่องจากใช้แสงเลเซอร์ระดับ พลังงานต่ำ และเป็นแสงอินฟราเรดช่วงสั้น (near infrared หรือ NIR)

ทั้งนี้ ปัจจุบันได้มีอีกหนึ่งเทคนิคที่เข้ามามีบทบาทมากขึ้น ซึ่งก็คือ Optical Coherence Tomography (OCT) ซึ่งเป็นเทคนิคเชิงแสงที่สามารถให้ข้อมูลในลักษณะรูปภาพแบบตัดขวางสองมิติ และสามมิติ มีความละเอียดในระดับไมครอน มีความเร็วสูงในการถ่ายภาพ และไม่ทำลายตัวอย่างทั้ง ตัวอย่างทางวัสดุศาสตร์และทางชีวภาพ โดย OCT ถือได้ว่าเป็นเทคโนโลยีใหม่ที่ถูกคิดค้นขึ้นในปี ค.ศ. 1991 โดยทีมนักวิจัยของ MIT ซึ่งนำทีมโดย James Fujimoto²⁰ OCT เป็นเทคนิคของการถ่ายภาพ ตัดขวาง (tomography) โดยอาศัยคุณสมบัติ low temporal coherence ของคลื่นแสงที่มีช่วงความ ยาวคลื่นแบบกว้าง (broadband light source) ²¹ ในปัจจุบัน OCT ได้รับการพัฒนาอย่างรวดเร็ว และ ได้ถูกนำไปประยุกต์ใช้ในงานด้านต่างๆ อย่างแพร่หลาย เช่น ด้านการแพทย์²²⁻²⁴ ด้านชีววิทยา²⁵⁻²⁷ ด้าน วิศวกรรมเนื้อเยื่อ ²⁸ และด้านการทดสอบคุณสมบัติของวัสดุ ^{29,30} เป็นต้น

หลักการทำงานของ OCT สามารถอธิบายโดยสังเขปได้ดังนี้ แสงจาก broadband laser จะ ถูกลำเลียงเข้าสู่ระบบการแทรกสอดของแสง ซึ่งโดยทั่วไปจะเป็นระบบแทรกสอดแบบไมเคลสัน (Michelson interferometer) ในระบบแทรกสอดแสงไมเคลสัน แสงจากแหล่งกำเนิดจะถูกแบ่ง ออกเป็นสองส่วน ส่วนแรกเป็นแสงอ้างอิง (reference beam) ซึ่งจะถูกสะท้อนกลับด้วยกระจก (reference mirror) และลำเลียงต่อไปยังอุปกรณ์ตรวจวัดความเข้มแสง (photodetector) ที่เอาท์พุต ของระบบแทรกสอด แสงส่วนที่สองจะถูกโฟกัสด้วยเลนส์ไปยังตัวอย่างที่ต้องการถ่ายภาพ ซึ่งเลนส์ตัว เดียวกันนี้ก็จะทำหน้าที่ในการรับสัญญาณที่สะท้อนกลับมาจากตัวอย่าง (backscattering light) ซึ่งเกิด จากความไม่สม่ำเสมอของค่าดัชนีหักเหของแสงที่ตำแหน่งต่างๆ ในชิ้นตัวอย่าง (refractive index variation) แสงสะท้อนจากตัวอย่างจะถูกแทรกสอดกับแสงอ้างอิง โดยการเลื่อนตำแหน่งของกระจกใน reference arm เป็นระยะทางที่ต้องการวัด ภาพตัดขวางของตัวอย่างสร้างจากแอมปลิจูดที่แตกต่างกัน ของการสะท้อนที่ความลึกต่างๆ จากผิวของตัวอย่าง ³¹ ระบบ OCT ที่มีการสแกนของ reference beam แบบนี้ เรียกว่า Time Domain OCT (TD-OCT) ซึ่งมีข้อจำกัดในด้านของความเร็วในการ ถ่ายภาพ ในเวลาต่อมา ได้มีการนำเอาความรู้เกี่ยวกับการแทรกสอดในโดเมนความถี่ ³² มาประยุกต์ใช้ กับ OCT เรียกว่า Frequency Domain OCT (FD-OCT) หรือ Spectral Domain OCT (SD-OCT) ³³ FD-OCT บันทึกค่าสัญญาณ spectral interference ที่เอาต์พุทของ interferometer ซึ่งมีจุดเด่นก็คือ ความไวต่อสัญญาณ และความเร็วของการวัด เนื่องจากไม่ต้องมีการสแกนของ reference beam อีก ต่อไป ³⁴⁻³⁶ FD-OCT สร้างภาพตัดขวางของตัวอย่างโดยการฉายแสงเลเซอร์ชนิด broadband ให้ไป ตกกระทบลงบนผิวตัวอย่าง (sample) แล้ววัดสัญญาณ spectral interference ระหว่างสัญญาณที่ สะท้อนมาจากตัวอย่างและแสงอ้างอิง ซึ่งสามารถวัดได้โดยใช้สเปคโตรมิเตอร์เซิงแสง (optical spectrometer) ซึ่งเมื่อนำไปผ่านการแปลงแบบฟูริเยร์แล้วจะได้สัญญาณเชิงเส้นในโดเมนพื้นที่ (spatial domain) ที่เทียบได้กับความสามารถในการสะท้อนที่ระดับความลึกต่างๆ (depth-resolved reflectivity profile) ภายใต้พื้นผิวของตัวอย่าง เมื่อประกอบกับการสแกนลำแสงในแนวขนานกับ พื้นผิวตัวอย่าง (lateral scan) แล้ว ก็จะสามารถ<mark>สร้างภา</mark>พตัดขวางในแบบ 2 มิติ และสามมิติได้ ³¹

จนถึงปัจจุบัน OCT ได้รับการพิสูจน์และเป็นที่ยอมรับโดยแพทย์ผู้เชี่ยวชาญจำนวนมากจาก ทั่วโลกแล้วว่า เป็นเทคโนโลยีที่สามารถใช้ประโยชน์ในการถ่ายภาพเพื่อใช้ประกอบการวินิจฉัยทาง การแพทย์ได้อย่างมีประสิทธิภาพ อาทิ วงการจักษุแพทย์ แพทย์หัวใจ และแพทย์ผิวหนัง เป็นต้น โดยเฉพาะอย่างยิ่งในวงการจักษุแพทย์ ซึ่ง OCT ได้ถูกนำไปใช้ในการถ่ายภาพสามมิติของจอประสาท ตา เพื่อใช้ประกอบการวินิจฉัยโรคเกี่ยวกับตาหลายๆ ชนิดแม้ในระยะเริ่มต้น (early detection) เช่น โรคต้อกระจก โรคต้อหิน และโรคตาเสื่อมในผู้ป่วยเบาหวานและในผู้สูงอายุ เป็นต้น ซึ่งโรคเหล่านี้ มักจะไม่แสดงอาการที่ชัดเจนและยากต่อการตรวจพบได้ในระยะเริ่มต้นด้วยวิธีการอื่นๆ ซึ่งเป็นระยะที่ สามารถรักษาให้หายได้หากมีการตรวจพบอย่างทันท่วงที ในทางกลับกันหากปล่อยให้ลุกลาม ก็จะ นำไปสู่ภาวะตาบอดอย่างถาวรได้

ปัจจุบัน OCT ได้มีการพัฒนาความสามารถและคุณสมบัติในการถ่ายภาพอย่างต่อเนื่อง เพราะให้เหมาะสมกับการใช้งานในการวิเคราะห์ตัวอย่างในด้านต่างๆ ไม่ว่าจะเป็นในด้านการแพทย์ ด้านวัสดุศาสตร์ และด้านชีววิทยา ซึ่งหนึ่งในตัวอย่างการประยุกต์ใช้งาน OCT ด้านวัสดุศาสตร์ ก็คือ การวัดความหนาของฟิล์มบาง เนื่องด้วยในด้านวัสดุศาสตร์นั้นฟิล์มบางเป็นกระบวนการในการสร้างชั้น ของวัสดุในลักษณะที่ความบางตั้งแต่ในระดับนาโนเมตรจนถึงไมโครเมตร เพื่อนำไปใช้งานในด้านต่างๆ ดังนั้น OCT จึงถูกนำมาประยุกต์ใช้งาน เพื่อศึกษาความหนาของชั้นฟิล์ม รวมถึงลักษณะโครงสร้างของ ชั้นฟิล์มที่ผ่านกระบวนการเตรียมมา

งานวิจัยนี้ เป็นการออกแบบและสร้างระบบการถ่ายภาพภูมิลักษณะความหนาสำหรับการ วิเคราะห์วัสดุชนิดฟิล์มบาง (Optical Thickness Topography) ที่มีประสิทธิภาพในด้านความเร็วใน การถ่ายภาพและความละเอียดของการถ่ายภาพ เพื่อใช้ในการวิเคราะห์ลักษณะพื้นผิวและความหนา ของชิ้นงานวัสดุชนิดฟิล์มบาง โดยที่เทคนิคนี้เป็นเทคนิคที่ง่ายในการวิเคราะห์วัสดุในด้านพื้นผิวและ ความหนา เพราะเป็นเทคนิคที่ไม่มีความยุ่งยากซับซ้อนในการเตรียมชิ้นงานวัสดุตัวอย่าง และไม่ทำลาย

7

ชิ้นงานวัสดุตัวอย่าง ซึ่งทีมผู้วิจัยความหวังว่าเทคนิคการถ่ายภาพภูมิลักษณะความหนาสำหรับวัสดุชนิด ฟิล์มบางนี้ จะเป็นเทคนิคที่ช่วยในการวิเคราะห์ลักษณะวัสดุต่างๆ และช่วยสนับสนุนงานวิจัยด้านต่างๆ ไม่ว่าจะเป็น งานวิจัยทางวัสดุศาสตร์ งานวิจัยทางชีวภาพการแพทย์ อุตสาหกรรมฮาร์ดดิส ก์ อุตสาหกรรมอิเล็กทรอนิกส์ อุตสาหกรรมจอแสดงผลแบบแอลซีดี (LCD display)³⁷ รวมถึงงานวิจัย และงานอื่นๆ ที่เกี่ยวข้องต่อไป



บทที่ 3

วิธีดำเนินการวิจัย

3.1 วิธีการดำเนินการวิจัย

เป็นในรูปแบบของการศึกษาและค้นคว้าทางทฤษฎี ซึ่งรวมถึงการศึกษางานวิจัยที่เกี่ยวข้อง และนำองค์ความรู้ที่ได้มาปรับปรุงและพัฒนาเพื่อนำไปสู่การออกแบบและสร้างเป็นต้นแบบระบบเชิง แสงในระดับห้องปฏิบัติการทดลอง การพัฒนาเชิงฮาร์ดแวร์เพื่อพัฒนาประสิทธิภาพของระบบต้นแบบ เช่น ความสามารถในการตรวจจับสัญญาณ (sensitivity), เสถียรภาพของระบบ (stability), ความ ละเอียดของการถ่ายภาพ (resolution), และความเร็วในการถ่ายภาพ (speed) รวมถึงการพัฒนา ระบบประมวลสัญญาณ เพื่อเพิ่มขีดความสามารถของต้นแบบ ในการนำไปใช้ในงานวิจัยด้านวัสดุ ศาสตร์ในการวิเคราะห์ความหนาพื้นผิวของฟิล์มบาง และงานวิจัยที่มีความต้องการประยุกต์ใช้งานใน การวิเคราะห์ตัวอย่าง

ระบบถ่ายภาพวิเคราะห์ความหนาแบบพื้นผิว ที่พัฒนาขึ้นมาในโครงการนี้ เป็นระบบที่มี หลักการทำงานแบบ FD-OCT ซึ่งเป็นระบบที่สร้างภาพตัดขวางของตัวอย่างโดยการฉายแสง broadband laser ที่ความยาวคลื่นในช่วง near infrared (NIR) โดยใช้ระบบแทรกสอดแสงในใยแก้ว แบบไมเคลสัน (fiber-based Michelson interferometer) และการตรวจจับสัญญาณ spectral interference ด้วย grating based optical spectrometer โดยมุ่งออกแบบให้มีทั้งความเร็วและ ความละเอียดในการถ่ายภาพที่สูง และเพิ่มขีดความสามารถในการวิเคราะห์ตัวอย่าง ในต้นทุนการสร้าง ที่ต่ำเมื่อเทียบกับระบบเชิงพานิชในปัจจุบัน โดยสามารถแยกอธิบายเป็นขั้นตอนดังนี้

- 3.1.1 ออกแบบและวางแผนการสร้างระบบ
 - ดำเนินการศึกษาค้นคว้าทางทฤษฎี ซึ่งรวมถึงการศึกษางานวิจัยที่เกี่ยวข้อง โดยเน้น ศึกษาพัฒนาการของเทคนิคและวิธีการใหม่ๆ ของการประยุกต์ใช้ OCT ทางด้านวัสดุ ศาสตร์
 - นำองค์ความรู้ที่ได้มาปรับปรุงและพัฒนาเพื่อนำไปสู่การออกแบบระบบเชิงแสงในระดับ ห้องปฏิบัติการทดลอง รวมถึงการวางแผนและดำเนินการสั่งซื้อวัสดุ อุปกรณ์และ ชิ้นส่วนที่จำเป็นในการสร้างระบบเชิงแสงในระดับห้องปฏิบัติการทดลอง
- 3.1.2 ดำเนินการสร้างระบบในห้องปฏิบัติการเชิงแสง
 - ดำเนินการประกอบชิ้นส่วนของระบบบนโต๊ะปฏิบัติการเชิงแสง โดยหัวใจสำคัญของ ขั้นตอนนี้อยู่ที่การทำ optical alignment ซึ่งต้องอาศัยทั้งความเชี่ยวชาญและ ระยะเวลาในการปฏิบัติงาน



รูปที่ 3.1 แผนภาพแสดงส่วนประกอบของระบบ Optical Thickness Topography

้ โดยสามารถแยกอธิบายได้เป็น 5 ส่วนห<mark>ลัก</mark>ๆ ได้แก่

1) แหล่งกำเนิดแสง (Light source)

แสงเลเซอร์ชนิด low coherence หรือ broadband laser^{38,39} ถือได้ว่าเป็นหัวใจสำคัญ ของระบบ OCT โดยเป็นตัวกำหนดความละเอียดของการถ่ายภาพในแนวลึก (depth resolution) ของ ระบบถ่ายภาพ OCT ซึ่งเป็นไปตามความสัมพันธ์³⁸

$$\Delta z = \frac{2\ln 2}{\pi} \left(\frac{\lambda_0^2}{\Delta \lambda} \right),$$

โดย λ_0 คือ central wavelength ของแหล่งกำเนิดแสง และ Δz และ $\Delta \lambda$ คือ full width at half-maximum (FWHM) ของ depth resolution และ power spectrum bandwidth ของแหล่งกำเนิดแสง ตามลำดับ นั่นคือ ความละเอียดเชิงลึกจะแปรผกผันกับความกว้างของสเปคตรัม ยิ่งแหล่งกำเนิดแสงมีความช่วงกว้างของสเปคตรัมมากขึ้น ก็จะยิ่งให้ความละเอียดของการถ่ายภาพใน แนวลึกมากขึ้น ซึ่งสัมพันธ์กับความสามารถในการแยกแยะความหนาของชั้นตัวอย่าง⁴⁰ ทั้งนี้ แหล่งกำเนิดแสงที่เลือกใช้ในโครงการนี้เป็นชนิด superluminescent diode หรือ SLD ซึ่งมีต้นทุนต่ำ เมื่อเทียบกับ broadband laser ชนิดอื่นๆ และยังคงให้ประสิทธิภาพที่เพียงพอต่อการถ่ายภาพ optical thickness topography โดยได้ออกแบบระบบและกำหนดคุณสมบัติของแหล่งกำเนิดแสงให้ สามารถถ่ายภาพตัดขวาง 3 มิติ ที่มีความละเอียดเชิงลึก (depth resolution) อยู่ที่ประมาณน้อยกว่า 10 ไมโครเมตร

2) ระบบแทรกสอดแสง (Interferometer)

ระบบต้นแบบพัฒนาขึ้นอาศัยการแทรกสอดแสงของแสงสะท้อนจากฟิล์มบาง โดยใช้ Fiber couplerแบบสองอินพุตสองเอาต์พุต (2x2) ทำหน้าที่เป็นอุปกรณ์แบ่งลำแสง (beam splitter) และ ลำเลียงแสงจากแหล่งกำเนิดไปยังระบบกล้องจุลทรรศน์ โดยแสงจะถูกลำเลียงเข้าที่ปลายด้านหนึ่งของ อินพุต จากนั้นก็จะถูกแยกออกเป็นสองส่วนที่เอาต์พุต แสงส่วนหนึ่งจะถูกลำเลียงไปยังระบบหัว ถ่ายภาพที่ส่วนปลายของ Sample arm ซึ่งในระบบนี้เราจะตัดแสงในส่วนของกระจกอ้างอิง (Reference mirror) เราจะใช้หลักการแทรกสอดของแสงที่สะท้อนกลับจากผิวบนของตัวอย่างและแสง ที่สะท้อนจากผิวล่างของตัวอย่าง⁴¹ สิ่งที่ได้จากการตัดแสงในส่วนของกระจกอ้างอิง (Reference mirror)คือเราสามารถลด dispersion mismatch ในระบบ ซึ่งส่งผลกระทบต่อความละเอียดในการ ถ่ายภาพ และลดผลกระทบโดยตรงต่อความไวในการตรวจจับสัญญาณของระบบ (system sensitivity)⁴²

3) ระบบหัวถ่ายภาพ (Imaging probe)

ระบบหัวถ่ายภาพแสดงในรูปที่ 3.2 ประกอบไปด้วย ไฟเบอร์คอลลิเมเตอร์ (fiber collimator) ที่ยิ่งแสงผ่านระบบกล้องจุลทรรศน์ที่นำมาดัดแปลงให้เป็นระบบหัวถ่ายภาพ โดยระบบ สแกนเป็นสเตจมอเตอร์ที่ว่างอยู่ใต้ฐานวางตัวอย่างซึ่งถูกควบคุมด้วยระบบคอมพิวเตอร์โดยการป้อน สัญญาณดิจิตอลให้กับบอร์ด Arduino เพื่อควบคุมสเตจมอเตอร์ในการแสกน สำหรับใช้ในงานถ่ายภาพ สามมิติ

หัวใจสำคัญของการออกแบบระบบ XY สแกนต้องมีการควบคุมความเร็วของการเลื่อนสเต จมอเตอร์ให้สอดคล้องกับความเร็วในการบันทึกสัญญาณ (synchronization) โดยเน้นการออกแบบให้ ระบบสามารถทำงานที่ความเร็วในการถ่ายภาพสูงสุดและให้มีความผิดเพี้ยนของรูปแบบการสแกนน้อย ที่สุด



(a) (b) รูปที่ 3.2 ภาพถ่ายระบบหัวถ่ายภาพจาก (a) ด้านหน้า และ (b) ด้านข้าง

4) ระบบตรวจจับและแปลงสัญญาณแสงอินฟราเรดแบบสเปคโตรมิเตอร์ความเร็วสูง (High speed infrared spectrometer)

ความเร็วในการตรวจจับและบันทึกสัญญาณของระบบถือเป็นหัวใจสำคัญที่จะกำหนด ความเร็วในการถ่ายภาพของระบบ LCI topographic microscope ที่จะสร้างขึ้น การออกแบบระบบ ตรวจจับสัญญาณให้มีทั้งประสิทธิภาพในการตรวจจับสัญญาณและความเร็วในการบันทึกค่า นับได้ว่า เป็นงานที่ท้าทายที่สุดในโครงการนี้ ในส่วนของระบบตรวจจับสัญญาณนี้ จะประกอบไปด้วยสองส่วน หลักคือ 1) เซ็นเซอร์แสงทำหน้าที่แปลงสัญญาณแสงไปเป็นสัญญาณแรงดันไฟฟ้าอนาลอกแบบแถว (Array photo-receiver) และอุปกรณ์แปลงสัญญาณอนาลอกไปเป็นดิจิตอลชนิดความเร็วสูง (High speed frame grabber) อีกทั้ง ยังต้องสามารถถ่ายโอนข้อมูลสัญญาณแบบดิจิตอลไปยังคอมพิวเตอร์ ได้ในความเร็วสูง⁴³

ในระบบต้นแบบนี้ ทีมผู้ประดิษฐ์ได้เลือกใช้เซ็นเซอร์แบบแถวเดี่ยวชนิด Complementary metal-oxide-semiconductor (CMOS) รุ่น raL 6144-80 km ของบริษัท Basler Vision Technologies, Germany ที่มีขนาดพิกเซลเล็ก 7×7 ไมโครเมตร จำนวนทั้งสิ้น 6144 พิกเซล เพื่อให้ สามารถตรวจจับสัญญาณสเปคตรัมที่มีความละเอียดสูง ทั้งนี้ การเลือกใช้เซ็นเซอร์ชนิด CMOS มีข้อดี ในด้านความเร็วของการตรวจจับสัญญาณ ซึ่งเหมาะกับการพัฒนาเป็นสเปคโตรมิเตอร์ความเร็วสูง นอกจากนั้น ระบบเชิงแสงประกอบด้วยกระจกพาราโบริก 90 องศาในการสร้างแสงคอลลิเมเตอร์ เกรตติ้ง และกระจกพาราโบริก 45 ได้ถูกออกแบบให้สอดคล้องกับแหล่งกำเนิดแสงและ CMOS sensor ซึ่งได้เลือกใช้เกรตติ้งแบบสะท้อนที่มีความหนาแน่นถึง 1200 เส้นต่อมิลลิเมตร ซึ่งได้แสดง แผนผังในรูปที่ 3.3



รูปที่ 3.3 ต้นแบบระบบสเปคโตรมิเตอร์ความเร็วสูงเพื่อการตรวจจับสัญญาณแทรกสอดแสงอินฟราเรด

12

5) ระบบคอมพิวเตอร์และซอฟแวร์เพื่อการประมวลผลข้อมูล

เนื่องด้วยระบบการถ่ายภาพสามมิติจำเป็นต้องมีการบันทึกและส่งถ่ายข้อมูลจำนวนมากจาก ระบบถ่ายภาพไปยังคอมพิวเตอร์เพื่อการประมวลผล คอมพิวเตอร์ที่ใช้จึงควรที่จะสามารถรองรับการส่ง ถ่ายข้อมูลปริมาณมากๆ ได้ อีกทั้ง ยั้งต้องมีหน่วยความจำที่เพียงพอในการประมวลผลข้อมูลด้วย ใน ส่วนของการพัฒนาระบบต้นแบบภายใต้โครงการนี้ ระบบฮาร์ดแวร์และยูสเซอร์อินเตอร์เฟสจะถูก ออกแบบและสร้างบนพื้นฐานของการโปรแกรมใน LabVIEW ซึ่งมีความเหมาะสมในแง่ของความ สะดวกในการเชื่อมต่อและควบคุมกับอุปกรณ์ต่อพ่วง รวมถึงมีความง่ายต่อการดัดแปลง ปรับเปลี่ยน รูปแบบการทำงานของระบบ ซึ่งเป็นปัจจัยที่จำเป็นอย่างยิ่งในการพัฒนาระบบต้นแบบ ในส่วนของการ ออกแบบระบบซอร์ฟแวร์ จะแบ่งออกได้เป็น 3 ส่วนหลักๆ ได้แก่ 1) โปรแกรมควบคุมการถ่ายภาพ 2) โปรแกรมเพื่อการประมวลสัญญาณไปเป็นภาพแบบ สองมิติ และ สามมิติ 3) โปรแกรมและอัลกอลิทึม (algorithm) ดังในรูปที่ เพื่อการประมวลผลภาพเพื่อวิเคราะห์โครงสร้าง คุณสมบัติ และ ความหนา ของชิ้นตัวอย่างในสามมิติเช่น 3D surface profilometry, Thickness topography



รูปที่ 3.4 แผนภาพแสดงอัลกอลิทึมในการวิเคราะห์แผนภาพความหนาของตัวอย่างจากข้อมูลสามมิติ จากระบบโอซีที

3.1.3 การตรวจสอบประสิทธิภาพการทำงานของระบบและวิธีการต้นแบบ

ตรวจสอบความละเอียดของการถ่ายภาพ (resolution) โดยใช้ 1951 USAF resolution target การหาค่า lateral resolution สามารถหาได้จากการถ่ายภาพ target (Positive 1951 USAF Test Target) ซึ่ง Resolution target จะแบ่งออกเป็น Group Number และ Element ซึ่ง Group Number จะมีค่าระหว่าง -2 ถึง 7 โดยเลขที่ มีค่าน้อยจะเป็น Group ที่ใหญ่ที่สุด และ Group Number จะเป็นตัวเลขกำกับชุดของ Element ที่มีค่า 1 ถึง 6 โดยตัวเลขยิ่งมาก ขนาดความกว้างของ line pair (หมายถึงแถบ ขาวดำ) จะเล็กลง และขนาด lp/mm จะมากขึ้น ซึ่งจะบ่งบอกถึง resolution ที่ดี ซึ่ง เมื่อได้ภาพถ่ายของ resolution target แล้ว ทีมวิจัยได้ทำการวัดค่า gray value ของแถบมืดและแถบสว่าง แล้วคำนวณเป็นค่า %contrast จากนั้นนำค่า %contrast ของแถบมืดสว่าง แต่ล่ะความถี่ มาพลอตกราฟ MTF ทั้งนี้ ในการพิจารณาค่า lateral resolution ของระบบ จะพิจารณาที่ 20% contrast

(a)	1
111	

Element	-2	-1	0	1	2	3	4	5	6	7
1	0.3	0.5	1	2	4	8	16	32	64	128
2	0.3	0.6	1.1	2.2	4.5	9	18	36	72	144
3	0.3	0.6	1.3	2.5	5	10	20	40	81	161
4	0,4	0.7	1.4	2.8	5.7	11	23	45	91	181
5	0.4	0.8	1.6	3.2	6.4	13	25	51	102	203
6	0.4	0.9	1.8	3.6	7.1	14	29	57	114	228

10

รูปที่ 3.5 ภาพตัวย่างการวิเคร<mark>าะห์</mark>ความละเอียดของการถ่ายภาพในแนวระนาบ (lateral resolution) โดยใช้ 1951 USAF resolution target โดยจากรูประบบต้นแบบที่พัฒนาขึ้นสามารถแยกได้ขั้นต่ำ ประมาณกลุ่มที่ 7 element 1 ซึ่งเทียบได้กับค่ากำลังแยกประมาณ 4 ไมโครเมตร

- ตรวจสอบความไวของการตรวจจับสัญญาณ (sensitivity) ที่ระดับความลึกต่างๆ กัน โดยใช้เทคนิคเดียวกับที่นำเสนอในเอกสารอ้างอิง [16]
- ตรวจสอบเสถียรภาพของระบบ (sensitivity) โดยใช้เทคนิคเดียวกับที่นำเสนอใน เอกสารอ้างอิง [27]
- ตรวจสอบประสิทธิภาพโดยรวมของระบบเมื่อทำงานที่ความเร็วสูงสุดของการถ่ายภาพ



รูปที่ 3.6 กราฟแสดงการลดลงของสัญญาณที่ระดับความลึกต่างๆ กัน ซึ่งเป็นตัวกำหนดความลึกศุงสุด ของการถ่ายภาพของระบบต้นแบบอยู่ที่ประมาณ 2.5 มิลลิเมตร โดยวัดจากตำแหน่งที่สัญญาณลดลงไป 10 เท่าจากตำแหน่งที่ขนา<mark>ด</mark>สัญญาณสูงสุด



บทที่ 4

ผลการดำเนินงานวิจัย

4.1 คุณสมบัติของระบบต้นแบบ

ระบบต้นแบบที่ได้พัฒนาขึ้นมา ได้มีการออกแบบและพัฒนาโดยการพัฒนาจากกล้อง จุลทรรศน์แบบขาตั้ง ที่ในการตรวจวิเคราะห์ตัวอย่างขนาดเล็ก ซึ่งระบบที่พัฒนาขึ้นมาจะเป็นการเพิ่ม ประสิทธิภาพในระบบการถ่ายภาพจากรูปแบบการใช้กล้องจุลทรรศน์ธรรมดา เป็นการวิเคราะห์แบบ เทคนิค OCT ซึ่งจะได้ทั้งข้อมูลแบบภาพตัดขวางสองมิติและสามมิติ นอกจากนี้ยังสามารถวิเคราะห์ ความหนาเชิงพื้นผิวของตัวอย่างแบบสามมิติได้ โดยใช้ต้นทุนต่ำในการออกแบบและพัฒนา

ทั้งนี้ ระบบต้นแบบโดยรวมได้ถูกออกแบบภายใต้หลักการของระบบแทรกสอดแบบไมเคล สันโดยใช้ระบบใยแก้วนำแสงเป็นระบบลำเลียงแสง โดยเน้นออกแบบระบบให้มีความคล่องตัว มี เสถียรภาพต่อแรงสั่นสะเทือนสูง และพยายามให้มีต้นทุนที่ต่ำที่สุด โดยต้องการให้ได้ระบบที่มี ประสิทธิภาพสูงกว่า ในต้นทุนที่ต่ำกว่าเมื่อเทียบกับเครื่องเชิงพาณิชย์ ทั้งนี้ แหล่งกำเนิดแสงที่เลือกใช้ เป็นแบบ Superluminescent Diode หรือ SLD ซึ่งให้แสงช่วงความยาวคลื่นแสงระหว่าง 800-900 นาโนเมตร โดยมีความยาวคลื่นเฉลี่ย 840 นาโนเมตร ซึ่งเป็นความยาวคลื่นที่จะถูกดูดกลืนได้น้อยใน เนื้อเยื่อชีวภาพ และวัสดุจำพวกฟิล์มบาง จึงไม่เกิดอันตรายจากความร้อนสะสมในระหว่างการถ่ายภาพ ทำให้มีความปลอดภัยสูง

ระบบสแกนลำแสงเพื่อการถ่ายภาพสามมิติถูกออกแบบโดยใช้ระบบ Dual-mirror galvanormeter beam steering หรือเรียกสั้นๆ ว่า Galvo-mirror ซึ่งมีข้อดีในด้านของการกวาด ลำแสงที่ความเร็วสูงในระดับมากกว่า 100 รอบต่อวินาที ในส่วนของระบบตรวจจับสัญญาณนั้น ได้ ประยุกต์ใช้สเปคโตรมิเตอร์ความเร็วสูงซึ่งทีมวิจัยได้พัฒนาขึ้นเองเช่นกัน ซึ่งถูกออกแบบและสร้างให้ สามารถตรวจจับสัญญาณแสงในช่วงอินฟราเรดที่ความเร็วสูงกว่า 100,000 สเปคตรัมต่อวินาที ทำให้ สามารถถ่ายภาพสามมิติของตัวอย่างได้ภายในเวลา 5-10 วินาทีเท่านั้น (ขึ้นอยู่กับขนาดของภาพสาม มิติ)

ทั้งนี้ระบบต้นแบบได้ถูกออกแบบและสร้างขึ้น ณ ห้องปฏิบัติการเชิงแสงของสาขาวิชาฟิสิกส์ สำนักวิชาวิทยาศาสตร์ มหาวิทยาลัยเทคโนโลยีสุรนารี โดยเป็นการนำชิ้นส่วนย่อยเชิงแสงและเชิงกลมา ประกอบกันเป็นระบบ โดยประยุกต์ใช้กล้องจุลทรรศน์ราคาถูกที่มีขายในท้องตลาดมาปรับปรุงแก้ไข ออกแบบเป็นส่วนประกอบหนึ่งในระบบ โดยดัดแปลงจากกล้องจุลทรรศน์แบบมองด้วยตาเปล่าไปเป็น กล้องจุลทรรศน์แบบดิจิตอล และยังเพิ่มความสามารถในการตรวจวัดสัญญาณการแทรกสอดของแสง อินฟราเรดความอาพันธ์ต่ำ (low-coherence interferometer, LCI) เพื่อเพิ่มความสามารถของระบบ ในการวัดความหนาของฟิล์มบางแบบไม่สัมผัส โดยการวิเคราะห์สัญญาณการแทรกสอดแสงในโดเมน ความถี่ (spectral interference) ทั้งนี้ ทีมผู้ประดิษฐ์ได้ออกแบบและสร้างระบบสเปคโตรมิเตอร์ ความเร็วสูงขึ้นเองเพื่อใช้ในการบันทึกสัญญาณ พร้อมทั้งออกแบบระบบแสกนขึ้นงานตัวอย่าง โดยใช้ ฐานเลื่อนสองแกนแบบขับเคลื่อนโดยสเต็ปมอเตอร์ซึ่งควบคุมโดยระบบ Arduino ที่มีราคาถูก เพื่อให้ ใช้ต้นทุนในการสร้างระบบให้น้อยที่สุด โดยโครงสร้างของระบบทั้งหมดแสดงในรูปที่ 4.1



(e)

รูปที่ 4.1 ภาพถ่ายระบบต้นแบบ (a) และ (b) ส่วนสแกน XY stage (c) บอร์ดสำหรับควบคุม XY stage (d) ตัวอย่างภาพถ่าย 3 มิติของแผ่นแก้วบาง (e) ภาพรวมของระบบต้นแบบ

อีกทั้ง ทีมวิจัยยังได้ดำเนินการออกแบบและสร้างระบบควบคุมการบันทึกสัญญาณและการ ประมวลผลข้อมูล ตลอดจนระบบติดต่อกับผู้ใช้งาน (User Interface) เองทั้งหมด โดยใช้เทคนิคการ โปรแกรมร่วมระหว่าง แล็บวิว (LabVIEW) และ Arduino ทั้งนี้ ระบบประมวลผลข้อมูลและ ประมวลผลภาพได้ถูกออกแบบให้สามารถถ่ายภาพแสดงโครงสร้างสองมิติและสามมิติของชิ้นตัวอย่าง

- โหมดถ่ายภาพเคลื่อนไหว คือ การถ่ายภาพสองมิติและแสดงผลตามเวลาจริง (Real time) ซึ่งจะมี ขนาดภาพแบบ Full HD ประกอบด้วย 500 depth scans ต่อภาพ ซึ่ง จะสามารถถ่ายภาพและแสดงผลแบบเวลาจริง (Real time)
- โหมดถ่ายภาพสามมิติ เป็นการบันทึกสัญญาณสเปคตรัมของข้อมูลภาพสามมิติ แล้วจึง ประมวลผลข้อมูลสเปคตรัม เพื่อแปลงเป็นภาพสามมิติ ซึ่งมีขนาดข้อมูล ประกอบด้วย 500x500 depth scans ต่อ volume โดยระบบจะสามารถบันทึกข้อมูลสเปคตรัมด้วย ความเร็ว 5 ภาพต่อวินาที
- 3) โหมดถ่ายภาพ Thickness topography ซึ่งใช้ประโยชน์ในการวิเคราะห์คุณลักษณะ พื้นผิวและภายใต้พื้นผิว และการวัดความหนาของขึ้นงานวัสดุชนิดฟิล์มบางโดยไม่มีการ สัมผัสชิ้นงานและยังสามารถใช้ในงานตรวจสอบคุณภาพของแผ่นฟิล์มบาง ดังแสดง ตัวอย่างในรูปที่ 4.2 ซึ่งในโหมดนี้ของเรายังสามารถวัดความหนาในแต่ละส่วนของพื้นผิว ตัวอย่างได้ ดังแสดงตัวอย่างในรูปที่ 4.3



รูปที่ 4.2 (a) ภาพภูมิลักษณะของพื้นผิวบนของไบโอฟิล์ม (b) ภาพภูมิลักษณะของพื้นผิวล่างของไบโอ ฟิล์ม (c) ภาพภูมิลักษณะของความหนาเชิงแสงไบโอฟิล์ม (d) ภาพด้านบนของความหนาเชิงแสงไบโอ

(a)		a Total Total Total				(b)	Mean ±SD	Mean ±SD	Mean ±SD	Mean ±SD	Mean ±SD		
							Mean ±SD	Mean ±SD	Mean ±SD	Mean ±SD	Mean ±SD		
							Mean ±SD	Mean ±SD	Mean ±SD	Mean ±SD	Mean ±SD	L	
							Mean ±SD	Mean ±SD	Mean ±SD	Mean ±SD	Mean ±SD		
							Mean ±SD	Mean ±SD	Mean ±SD	Mean ±SD	Mean ±SD		
												1	
(c)	92.09 μm	99.64 μm	95.07 μm	97.01 μm	102.19 μm	(d)	13.51 μm	7.37 µm		4.19 μm	3.31 μm	- 14	
	79.36 μm	95.00 μm	97.40 μm	98.26 μm	103.36 μm	-95	4.92 μm	1.64 μm	2.36 µm	2.68 µш	2.13 µш	-14	
	75.04 μm	87.02 μm	96.89 μm	98.74 μm	100.47 μm	74	3.01 μm	5.23 μm	1.70 μm	2.87 μm	2.55 μm	-8	
	79.89 μm	90.15 μm	98.70 μm	98.77 μm	99.38 μm	-/4	2.63 µm	4.52 μm	2.20 μm	3.81 µm	1.23 µm	-1	
	85.51 μm	93.42 μm	95.84 μm	97.92 µm	96.66 µm	2	3.97 µm	2.06 μm	2.61 μm	2.68 μm	3.07 μm		

รูปที่ 4.3 แสดงตัวอย่างการวิเคราะห์การกระจายของความหนาและความสม่ำเสมอของความหนาของ แผ่นฟิล์ม (a) แผนภาพความหนาที่ถ่ายโดยระบบต้นแบบ (b) ความหนาและส่วนเบี่ยงเบนมาตรฐาน ของความหนาในแต่ละพื้นที่ย่อยโดยแบ่งเป็น 25 พื้นที่ (c) แผนภาพแสดงความหนาเฉลี่ยในแต่ละพื้นที่ ย่อย และ(d) แผนภาพแสดงค่าส่วนเบี่ยงเบนมาตรฐานของความหนาในแต่ละพื้นที่ย่อย

4.2 ประสิทธิภาพข<mark>องระบบ</mark>

- 1) ใช้แสงอินฟราเรดในช่วง 800-900 นาโนเมตรในการถ่ายภาพ
- 2) กำลังแสงเฉลี่ยที่ตกกระทบบนผิวตัวอย่างไม่เกิน 5 mW
- 3) ความละเอียดเชิงลึกของการถ่ายภาพประมาณ 8-10 ไมโครเมตร
- 4) ความละเอียดในแนวระนาบพื้นผิวของการถ่ายภาพขนาด 5-10 ไมโครเมตร
- 5) ขนาดของภาพที่สามารถถ่ายได้สูงสุด 30 mm x 30 mm
- 6) ความลึกสูงสุดของการถ่ายภาพ 2 mm จากพื้นผิวของตัวอย่าง
- 7) ความเร็วในการวัดสัญญาณสเปคตรัมสูงสุดประมาณ 50,000 สเปคตรัมต่อวินาที
- 8) ความเร็วในการสแกนชิ้นงานประมาณ 5-10 ภาพต่อวินาที
- 9) ไม่มีขั้นตอนยุ่งยากในการเตรียมตัวอย่าง
- 10)ไม่มีการสัมผัสผิวตัวอย่างในระหว่างการถ่ายภาพ

4.3 ตัวอย่างการประยุกต์ระบบต้นแบบที่พัฒนาขึ้นในงานวิจัยด้านต่างๆ ที่เกี่ยวข้อง

การติดตามการก่อตัวของไปโอฟิล์มบนผิวโลหะ

ความสามารถในการถ่ายภาพสามมิติของขึ้นงานแบบไม่ต้องสัมผัส นำไปสู่การประยุกต์ระบบ ต้นแบบเพื่อการติดตามและศึกษาการก่อตัวของไบโอฟิล์มบนพื้นผิวโลหะชนิดต่างๆ ซึ่งเป็นงานวิจัย ร่วมกับกลุ่มวิจัยของ รศ.ดร. ทัศนีย์ เสาวนะ สาขาวิชาจุลชีววิทยา สำนักวิชาวิทยาศาสตร์ มหาวิทยาลัย เทคโนโลยีสุรนารี เพื่อพัฒนาเทคนิคการถ่ายภาพสามมิติด้วยระบบต้นแบบโอซีทีและการวิเคราะห์ ข้อมูลปริภูมิสามมิติของความหนาของไบโอฟิล์ม เพื่อการศึกษาพัฒนาการทางโครงสร้างของไบโอฟิล์ม บนแผ่นพีวีซีและแผ่นโลหะชนิดต่างๆ ที่ระยะเวลาและสภาวะแวดล้อมต่างๆ กัน โดยไม่มีการสัมผัสหรือ ทำลายชิ้นตัวอย่าง ดังแสดงในรูปที่ 4.4 ซึ่งแสดงความสามารถของระบบต้นแบบในการถ่ายภาพไบโอ ฟิล์มบนพื้นผิวโลหะ โดยถ่ายทะลุผ่านฝาปิดของระบบเพาะเลี้ยงได้โดยตรง จึงไม่เกิดการปนเปื้อนจาก ภายนอกตลอดระยะเวลาการทดลอง ทำให้สามารถตรวจติดตามการก่อตัวของไบโอฟิล์มได้ แบบต่อเนื่องเป็นระยะเวลาหลายสัปดาห์ติดต่อกัน โดยสามารถติดตามความเปลี่ยนแปลงของความ หนาของชั้นไปโอฟิล์มบนตัวอย่างจิ้นเดียวกัน



รูปที่ 4.4 ตัวอย่างการถ่ายภาพไบโอฟิล์มโดยไม่ต้องนำชิ้นตัวอย่างออกจากระบบเพาะเลี้ยง

รูปที่ 4.5 แสดงภาพตัดขวางของไบโอฟิล์มบนแผ่นทองแดงและแผ่นสังกะสีที่เวลาต่างๆ นับ จากวันที่เริ่มใส่เชื้อ โดยถ่ายทุกๆ 3 วัน เป็นเวลา 2 สัปดาห์ ซึ่งหากมีการก่อตัวของไบโอฟิล์มก็จะ สามารถมองเห็นได้อย่างชัดเจนดังแสดงในภาพตัดขวางของแผ่นสังกะสีในคอลัมน์ขวามือของรูปที่ 4.5 นอกจากนั้นแล้ว ข้อมูลภาพในสามมิติยังสามารถใช้ในการวิเคราะห์เป็นแผนภาพการกระจายความหนา ของไบโอฟิล์มในสามมิติได้ดังแสดงในรูปที่ 4.6 และการวิเคาระห์แยกระหว่างการกระจายของความ หนาและการกระจายความสม่ำเสมอของความหนาของไบโอฟิล์มบนพื้นผิวดังในรูปที่ 4.7



รูปที่ 4.5 ตัวอย่างภาพถ่ายตัดขวาง<mark>ของ</mark>ไบโอฟิล์ม<mark>ที่ก่</mark>อตัวบนผิวของแผ่นทองแดงและสังกะสีที่ ถ่ายโดยระบ<mark>บต้นแบบเป็นเวลาต่อ</mark>เนื่อง 14 วัน



รูปที่ 4.6 แสดงภาพพื้นผิวสามมิติของการเกิดไบโอฟิล์มบนผิวแผ่นทองแดงในสัปดาห์ที่ 3 (ภาพ a) และ 4 (ภาพ b) ตามลำดับ



รูปที่ 4.7 (a) และ (b) แสดงตัวอย่างการวิเคราะห์การกระจายความหนาของไปโอฟิล์มบนผิวแผ่น ทองแดงใน สัปดาห์ที่ 3 และสัปดาห์ที่ 4 ตามลำดับ (c) และ (d) การกระจายของความหนาและ (e) และ (f) การกระจายความสม่ำเสมอของความหนาของไบโอฟิล์มบนพื้นผิวในสัปดาห์ที่ 3 และสัปดาห์ที่ 4 ตามลำดับ

บทที่ 5

สรุปผลการวิจัย

5.1 สรุปรวมผลงานวิจัย

ระบบถ่ายภาพพื้นผิวสามมิติสำหรับฟิล์มบาง เป็นเทคโนโลยีที่ยังไม่มีการพัฒนาและรู้จัก อย่างแพร่หลายในประเทศไทย และจำเป็นต้องนำเข้าจากต่างประเทศเพียงเท่านั้น ซึ่งมีมูลค่าที่สูงมาก เมื่อเทียบต่อเครื่อง อีกทั้งเนื่องจากเป็นการนำเข้าจากต่างประเทศ ทำให้สามารถใช้งานได้อย่างจำกัด เฉพาะงานในด้านนั้นๆ ยากที่จะประยุกต์ใช้งานด้านอื่น ดังนั้นการที่พัฒนาและสร้างระบบที่มีขีด ความสามารถหรือประสิทธิภาพที่สามารถทัดเทียมจากการนำเข้าได้นั้น จะเป็นการทำให้สามารถ ประยุกต์ใช้งานในทางด้านวิจัยต่างๆได้หลากหลายมากยิ่งขึ้น รวมทั้งเป็นการสร้างองค์ความรู้ด้าน วิทยาการซึ่งจะนำไปสู่การพัฒนาที่ยั่งยืนทั้งในแง่ของเศรษฐกิจ เทคโนโลยี และคุณภาพชีวิต

ระบบถ่ายภาพพื้นผิวสามมิติสำหรับฟิล์มบางที่ได้ทำการพัฒนาขึ้นภายใต้โครงการนี้ เป็นการ พัฒนาและออกแบบโดยการพัฒนาจากกล้องจุลทรรศน์แบบธรรมดาทั่วไป เพื่อเพิ่มประสิทธิภาพและ ขีดความสามารถในการวิเคราะห์ตัวอย่างด้านฟิล์มบาง ทั้งนี้ ทีมวิจัยได้ออกแบบระบบเองทั้งหมด ทั้ง การออกแบบระบบเชิงแสง และการออกแบบระบบโครงสร้างเชิงกล รวมถึงการศึกษาเพิ่มเติมวิทยาการ ใหม่ๆ ที่เผยแพร่ในวารสารวิชาการในระดับนานาชาติที่เกี่ยวข้อง โดยเน้นออกแบบระบบให้มีความเร็ว ในการถ่ายภาพที่สูงกว่าเครื่องในเชิงพานิช ในราคาต้นทุนการผลิตที่ต่ำ และยังออกแบบให้มีฟังก์ชันการ ถ่ายภาพและเทคนิคการวิเคราะห์ผลข้อมูลที่หลากหลาย เพื่อให้สามารถนำไปประยุกต์ใช้ในงานวิจัย ต่างๆ ที่เกี่ยวข้องได้หลายๆ ด้าน อาทิ ด้านภาพถ่ายทางการแพทย์ ด้านชีววิทยา รวมถึงด้านการศึกษา คุณสมบัติของวัสดุฟิล์มบางอีกด้วย

คุณสมบัติของระบบต้นแบบาลัยเทคโบโลย

- 1) ใช้แสงอินฟราเรดในช่วง 800-900 นาโนเมตรในการถ่ายภาพ
- 2) กำลังแสงเฉลี่ยที่ตกกระทบบนผิวตัวอย่างไม่เกิน 5 mW
- 3) ความละเอียดเชิงลึกของการถ่ายภาพประมาณ 8-10 ไมโครเมตร
- 4) ความละเอียดในแนวระนาบพื้นผิวของการถ่ายภาพขนาด 5-10 ไมโครเมตร
- 5) ขนาดของภาพที่สามารถถ่ายได้สูงสุด 30 mm x 30 mm
- 6) ความลึกสูงสุดของการถ่ายภาพ 2 mm จากพื้นผิวของตัวอย่าง
- 7) ความเร็วในการวัดสัญญาณสเปคตรัมสูงสุดประมาณ 50,000 สเปคตรัมต่อวินาที
- 8) ความเร็วในการสแกนชิ้นงานประมาณ 5-10 ภาพต่อวินาที
- 9) ไม่มีขั้นตอนยุ่งยากในการเตรียมตัวอย่าง

10) ไม่มีการสัมผัสผิวตัวอย่างในระหว่างการถ่ายภาพ
 11) ไม่มีผลข้างเคียงและสารตกค้างที่อาจเป็นอันตรายต่อเนื้อเยื่อสิ่งมีชีวิต

<u>งานวิจัยที่ได้มีการใช้ระบบถ่ายภาพพื้นผิวสามมิติในการวิเคราะห์</u>

งานวิจัยร่วมกับกลุ่มวิจัยของ รศ.ดร. ทัศนีย์ เสาวนะ สาขาวิชาจุลชีววิทยา สำนักวิชา วิทยาศาสตร์ มหาวิทยาลัยเทคโนโลยีสุรนารี เพื่อพัฒนาเทคนิคการถ่ายภาพสามมิติด้วยระบบต้นแบบ โอซีทีและการวิเคราะห์ข้อมูลปริภูมิสามมิติ (Topography) เพื่อการศึกษาพัฒนาการทางโครงสร้าง ของไบโอฟิล์มบนแผ่นโลหะชนิดต่างๆ ที่ระยะเวลาและสภาวะแวดล้อมต่างๆ กัน โดยไม่มีการสัมผัส หรือทำลายชิ้นตัวอย่าง

ทั้งนี้ ระบบต้นแบบที่ได้ ยังสามารถพัฒนาต่อไปได้อีกในด้านของความละเอียด ความเร็ว และฟังก์ชันการใช้งานในอนาคต ซึ่งคาดว่าจะสามารถนำต้นแบบที่ได้ไปประยุกต์ในการศึกษาวิจัยทาง ชีวภาพที่เกี่ยวข้องได้ อาทิ ทางชีววิทยา ทางเทคโนโลยีเกษตรทั้งพืชและสัตว์ และทางการแพทย์ เป็น ต้น ซึ่งปัจจุบันได้เริ่มเปิดโอกาสให้นักวิจัยจากสาขาอื่นๆ ทั้งในและนอกมหาวิทยาลัยได้เข้าชมและนำ ตัวอย่างมาทดลองถ่ายบ้างแล้ว อย่างไรก็ตาม เทคโนโลยีนี้ยังถือว่าเป็นเทคโนโลยีใหม่ในประเทศไทย การตีความสัญญาณภาพและการวิเคราะห์ข้อมูลที่ได้ยังต้องอาศัยการฝึกฝนและเรียนรู้ร่วมกันระหว่าง ทีมวิจัยผู้พัฒนาระบบและทีมนักวิจัยจากภายนอกในสาขาวิชาอื่นๆ ที่ต้องการใช้งานระบบต่อไป ทั้งนี้ ระบบถ่ายภาพพื้นผิวสามมิติมีข้อได้เปรียบเทคนิคการถ่ายภาพอื่นๆ ในแง่ของความสะดวก รวดเร็วของ การถ่ายภาพ มีขั้นตอนในการเตรียมตัวอย่างที่ไม่ชับซ้อน และสามารถถ่ายภาพสามมิติของตัวอย่างที่มี ชีวิตได้โดยไม่เกิดอันตรายหรือผลข้างเคียง (Non-destructive and non-invasive) จึงเหมาะที่ใช้ใน งานที่ต้องการตรวจติดตามการเจริญเติบโตของสิ่งมีชีวิตขนาดเล็ก หรือการติดตามและเปรียบเทียบการ เปลี่ยนแปลงของเนื้อเยื่อชีวภาพในสภาวะต่างๆ กันได้ รวมถึงความหนาของพื้นผิวของตัวอย่างที่ ต้องการวิเคราะห์

⁷ว*ิทยาลัยเทคโนโลยีส*ุร

5.2 ผลผลิตของงานวิจัย

- ต้นแบบภาคสนามของระบบถ่ายภาพพื้นผิวสามมิติ ที่สามารถวิเคราะห์ความหนาใน ลักษณะสามมิติได้
- 2) นักศึกษาผู้มีส่วนร่วมในงานวิจัยและได้รับการพัฒนาองค์ความรู้และทักษะในการ ออกแบบและสร้างระบบเชิงแสงในระดับห้องปฏิบัติการ จำนวน 3 คน ได้แก่
 - นายคุณากร พละวงศ์ รหัส D6110505 นักศึกษาระดับปริญญาเอก สาขาวิชาฟิสิกส์ สำนักวิชาวิทยาศาสตร์ มหาวิทยาลัยเทคโนโลยีสุรนารี

- นายเจษฎา แซ่เตี้ยว รหัส M5710133 นักศึกษาระดับปริญญาโท สาขาวิชาฟิสิกส์ สำนักวิชาวิทยาศาสตร์ มหาวิทยาลัยเทคโนโลยีสุรนารี
- นางสาวจิราภรณ์ แสนแจ้ รหัส M5710157 นักศึกษาระดับปริญญาโท สาขาวิชา ฟิสิกส์ สำนักวิชาวิทยาศาสตร์ มหาวิทยาลัยเทคโนโลยีสุรนารี
- 3) นำเสนอระบบต้นแบบที่พัฒนาขึ้นในการประชุมเชิงวิชาการทั้งระดับชาติและระดับ นานาชาติ รวมทั้งสิ้นจำนวน 2 ครั้ง ซึ่งเป็นการเปิดช่องทางให้นักวิจัยในสาขาอื่นที่สนใจ ได้เข้ามามีส่วนร่วมในการใช้งานและพัฒนาระบบต่อไป
- 4) ผลงานการตีพิมพ์แบบบทความเต็ม (Full paper) ใน conference proceeding ระดับ นานาชาติที่ปรากฏในฐานข้อมูลสากล<mark>ขอ</mark>ง Scopus จำนวน 2 บทความ
- 5) ได้รับรางวัลสภาวิจัยแห่งชาติ รางวัล<mark>สิ่ง</mark>ประดิษฐ์คิดค้น ระดับเกียรติคุณ ประจำปี 2562 สาขาวิทยาศาสตร์กายภาพและคณิต<mark>ศาสต</mark>ร์

5.3 การเผยแพร่ผลงานวิจัยขอ<mark>งโค</mark>รงการ

<u>การนำเสนอผลงานในการประชุมเชิงวิชาการต่างๆ</u>

- 1) นำเสนอผลงานวิจัยในการประชุมเชิงวิชาการ International Conference on Experimental Mechanics 2017 (ICEM2017) ในหัวข้อ "Low cost digital microscope for non-contact high precision thickness topography of thin films" ณ the Imperial Pattaya Hotel พัทยา ประเทศไทย ระหว่างวันที่ 8-10 พฤศจิกายน พ.ศ. 2560
- 2) น้ำเสนอผลงานวิจัยในการประชุมเชิงวิชาการ 10th Biomedical Engineering International Conference (BMEiCON) 2017 ในหัวข้อ "Optical topography technique for characterization and monitoring of biofilm thickness uniformity" ณ เมืองฮอกไกโด ประเทศญี่ปุ่น ระหว่างวันที่ 31สิงหาคม - 2 กันยายน พ.ศ. 2560
- นำเสนอผลงานวิจัยในการประชุมเชิงวิชาการ 10th Biomedical Engineering International Conference (BMEiCON) 2017 ในหัวข้อ "Optical topography technique for characterization and monitoring of biofilm thickness uniformity" ณ เมืองฮอกไกโด ประเทศญี่ปุ่น ระหว่างวันที่ 31สิงหาคม - 2 กันยายน พ.ศ. 2560

<u>ผลงานตีพิมพ์ใน Full-Paper Conference Proceeding</u>

- 1) Jadsada Saetiew, Panomsak Meemon, Sittichoke Ritpech, Tassanee Saovana" Optical topography technique for characterization and monitoring of biofilm thickness uniformity", IEEE, Biomedical Engineering International Conference (BMEiCON), 2017 10th, 8229105, pp 1-5 (2017).
- 2) Jiraporn Saenjae, Jadsada Saetiew, Kunakorn Palawong, and Panomsak Meemon, Sittichoke Ritpech, Tassanee Saovana" An experimental procedure for quantitative evaluation of spectral resolution of spectrometer-based spectral domain optical coherence tomography ", IEEE, Biomedical Engineering International Conference (BMEiCON), 2017 10th, 8229105, pp 1-5 (2017).

<u>ผลงานรางวัลระดับประเทศ</u>

 รางวัลสภาวิจัยแห่งชาติ รางวัลสิ่งประดิษฐ์คิดค้น ระดับเกียรติคุณ ประจำปี 2562 สาขาวิทยาศาสตร์กายภาพและคณิตศาสตร์ ในผลงานเรื่อง "กล้องจุลทรรศน์ อินฟราเรดเพื่อการสร้างแผนภาพความหนาของฟิล์มบางแบบไม่สัมผัส"

5.4 การศึกษาวิจัยเ<mark>พิ่มเติม</mark>

ทีมวิจัยมีแผนงานที่จะพัฒนาระบบต้นแบบที่ได้จากโครงการนี้ต่อไป โดยเน้นการพัฒนา ระบบให้มีประสิทธิภาพยิ่งขึ้น ประยุกต์ระบบต้นแบบของระบบการถ่ายภาพภูมิลักษณะความหนา (optical thickness topography) สำหรับการวิเคราะห์วัสดุชนิดฟิล์มบาง ที่มีประสิทธิภาพสูงในด้าน ความเร็วในการบันทึกสัญญาณและความละเอียดของการวัด เพื่อใช้ในการวิเคราะห์คุณลักษณะพื้นผิว และความหนาของชิ้นงานวัสดุชนิดฟิล์มบางโดยไม่มีการสัมผัสชิ้นงาน และยังสามารถพัฒนาไปสู่การ ประยุกต์ใช้ในงานตรวจสอบคุณภาพของแผ่นฟิล์มบางในงานวิจัยด้านต่างๆ อาทิ ด้านชีววิทยา ด้านชีว การแพทย์ ด้านการเกษตร และด้านอุตสาหกรรม รวมถึงการแสวงหาความร่วมมือกับกลุ่มวิจัยอื่นๆ ที่ เกี่ยวข้องต่อไป

บรรณานุกรม

- 1 Kim, Y. G., Seo, Y. B. & Joo, K.-N. Low cost wafer metrology using a NIR low coherence interferometry. *Optics express* 21, 13648-13655 (2013).
- 2 Garratt, J. A new stylus instrument with a wide dynamic range for use in surface metrology. *Precision Engineering* 4, 145-151 (1982).
- 3 Takeda, M., Ina, H. & Kobayashi, S. Fourier-transform method of fringe-pattern analysis for computer-based topography and interferometry. *JosA* 72, 156-160 (1982).
- 4 de Groot, P. & Deck, L. Three-dimensional imaging by sub-Nyquist sampling of white-light interferograms. *Optics letters* 18, 1462-1464 (1993).
- 5 de Groot, P. & Deck, L. Surface profiling by analysis of white-light interferograms in the spatial frequency domain. *Journal of Modern Optics* 42, 389-401 (1995).
- Jansen, M. J., Haitjema, H. & Schellekens, P. H. in *Optical Systems Design*. 334345 (International Society for Optics and Photonics).
- 7 Kalliadasis, S., Bielarz, C. & Homsy, G. Steady free-surface thin film flows over topography. *Physics of Fluids (1994-present)* 12, 1889-1898 (2000).
- 8 Kim, S.-W. & Kim, G.-H. Thickness-profile measurement of transparent thin-film layers by white-light scanning interferometry. *Applied Optics* 38, 5968-5973 (1999).
- 9 Schmitz, T. L., Davies, A., Evans, C. J. & Parks, R. E. Silicon wafer thickness variation measurements using the National Institute of Standards and Technology infrared interferometer. *Optical Engineering* 42, 2281-2290 (2003).
- 10 Baer, E., Hiltner, P. A. & Shirk, J. S. Multilayer polymer gradient index (GRIN) lenses. U.S. patent US7002754 B2 (2006).
- 11 Meemon, P. *et al.* Optical Coherence Tomography Enabling Non Destructive Metrology of Layered Polymeric GRIN Material. *Scientific reports* 3, 1709 (1701-1710) (2013).
- 12 Debnath, S. K., Kothiyal, M. P., Schmit, J. & Hariharan, P. in *SPIE Optics+ Photonics.* 629214-629216 (International Society for Optics and Photonics).

- 13 Meemon, P., Yao, J. & Rolland, J. P. in *SPIE BiOS.* 89343L-89343L-89346 (International Society for Optics and Photonics).
- 14 Wang, Q., Griesmann, U. & Polvani, R. in *ICO20: Optical Devices and Instruments.* 602426-602426-602425 (International Society for Optics and Photonics).
- 15 Park, J., Chen, L., Wang, Q. & Griesmann, U. Modified Roberts-Langenbeck test for measuring thickness and refractive index variation of silicon wafers. *Optics express* 20, 20078-20089 (2012).
- 16 Yao, J., Meemon, P., Lee, K.-S. & Rolland, J. P. Nondestructive metrology by optical coherence tomography empowering manufacturing iterations of layered polymeric optical materials. *Optical Engineering* 52, 112111-112111 (2013).
- 17 Qin, Y., Zhao, H., Zhang, L. & Wang, L. Film thickness measurement and defect inspection using optical coherence tomography. *Optik-International Journal for Light and Electron Optics* 124, 5293-5296 (2013).
- 18 Sun, M., Birkenfeld, J., de Castro, A., Ortiz, S. & Marcos, S. OCT 3-D surface topography of isolated human crystalline lenses. *Biomedical optics express* **5**, 3547-3561 (2014).
- 19 Hee, M. R. *et al.* Topography of diabetic macular edema with optical coherence tomography. *Ophthalmology* 105, 360-370 (1998).
- Huang, D. et al. Optical coherence tomography. *Science* 254, 1178-1181 (1991).
- 21 Fercher, A. F., Mengedoht, K. & Werner, W. Eye-length measurement by interferometry with partially coherent light. *Optics Letters* 13, 186-188 (1988).
- 22 Lee, E. C., de Boer, J. F., Mujat, M., Lim, H. & Yun, S. H. In vivo optical frequency domain imaging of human retina and choroid. *Optics Express* 14, 4403-4411 (2006).
- 23 Nelson, J. S., Kelly, K. M., Zhao, Y. & Chen, Z. Imaging blood flow in human port-wine stain in situ and in real time using optical Doppler tomography. *Archives of dermatology* 137, 741 (2001).
- Lim, H. *et al.* High-speed imaging of human retina in vivo with swept-source optical coherence tomography. *Optics Express* 14, 12902-12908 (2006).

- 25 De Boer, J. F., Milner, T. E., van Gemert, M. J. C. & Nelson, J. S. Two-dimensional birefringence imaging in biological tissue by polarization-sensitive optical coherence tomography. *Optics Letters* 22, 934-936 (1997).
- 26 Schmitt, J. M., Lee, S. L. & Yung, K. M. An optical coherence microscope with enhanced resolving power in thick tissue. *Optics Communications* 142, 203-207 (1997).
- 27 Mariampillai, A. *et al.* Doppler optical cardiogram gated 2D color flow imaging at 1000 fps and 4D in vivo visualization of embryonic heart at 45 fps on a swept source OCT system. *Optics Express* 15, 1627-1638 (2007).
- 28 Ko, H. J., Tan, W., Stack, R. & Boppart, S. A. Optical coherence elastography of engineered and developing tissue. *Tissue Engineering* 12, 63-73 (2006).
- 29 Kim, S., Na, J., Kim, M. J. & Lee, B. H. Simultaneous measurement of refractive index and thickness by combining low-coherence interferometry and confocal optics. *Optics Express* 16, 5516-5526 (2008).
- 30 Lee, B., Park, S., Park, K. & Kim, Y. Simultaneous Measurements of Refractive Index and Thickness by Spectral-Domain Low Coherence Interferometry Having Dual Sample Probes. *Photonics Technology Letters, IEEE*, 1-1 (2011).
- 31 Bouma, B. E. & Tearney, G. J. *Handbook of optical coherence tomography*. (Marcel Dekker, Inc., 2002).
- 32 Born, M. & Wolf, E. *Principles of Optics, seventh expanded edition*. (Cambridge University Press, 1999).
- 33 Fercher, A. F., Hitzenberger, C. K., Kamp, G. & El-Zaiat, S. Y. Measurement of intraocular distances by backscattering spectral interferometry. *Optics Communications* 117, 43-48 (1995).
- Choma, M., Sarunic, M., Yang, C. & Izatt, J. Sensitivity advantage of swept source and Fourier domain optical coherence tomography. *Optics Express* 11, 2183-2189 (2003).
- 35 De Boer, J. F. *et al.* Improved signal-to-noise ratio in spectral-domain compared with time-domain optical coherence tomography. *Optics Letters* 28, 2067-2069 (2003).
- 36 Leitgeb, R., Hitzenberger, C. & Fercher, A. Performance of fourier domain vs. time domain optical coherence tomography. *Optics Express* 11, 889-894 (2003).

- 37 Kim, S.-H., Kim, J.-H. & Kang, S.-W. Nondestructive defect inspection for LCDs using optical coherence tomography. *Displays* 32, 325-329 (2011).
- Bouma, B. Handbook of optical coherence tomography. (CRC Press, 2001).
- 39 Lee, K.-S., Meemon, P., Dallas, W., Hsu, K. & Rolland, J. P. Dual detection full range frequency domain optical coherence tomography. *Optics letters* 35, 1058-1060 (2010).
- 40 Lee, K.-S., Thompson, K. P., Meemon, P. & Rolland, J. P. Cellular resolution optical coherence microscopy with high acquisition speed for in-vivo human skin volumetric imaging. *Optics letters* 36, 2221-2223 (2011).
- 41 Meemon, P. & Pongchalee, P. in *Propagation through and Characterization of Distributed Volume Turbulence and Atmospheric Phenomena.* JT5A. 22 (Optical Society of America).
- 42 Meemon, P., Lee, K.-S. & Rolland, J. P. Doppler imaging with dual-detection fullrange frequency domain optical coherence tomography. *Biomedical optics express* 1, 537-552 (2010).
- 43 Schmoll, T., Kolbitsch, C. & Leitgeb, R. A. Ultra-high-speed volumetric tomography of human retinal blood flow. *Optics Express* 17, 4166-4176 (2009).



ประวัตินักวิจัย

ผู้ช่วยศาสตราจารย์ ดร.พนมศักดิ์ มีมนต์ (Panomsak Meemon) เป็นอาจารย์สาขาวิชาฟิสิกส์ สำนักวิชาวิทยาศาสตร์ มหาวิทยาลัยเทคโนโลยีสุรนารี จบการศึกษาระดับปริญญาตรี วิศวกรรมศาสตร บัณฑิต (สาขาวิศวกรรมไฟฟ้า) จากคณะวิศวกรรมศาสตร์ มหาวิทยาลัยเชียงใหม่ ในปี พ.ศ. 2543 จากนั้นในปี พ.ศ. 2547 ได้รับทุนรัฐบาลซึ่งจัดสรรโดยกระทรวงวิทยาศาสตร์และเทคโนโลยีแห่งชาติ เพื่อศึกษาต่อในระดับปริญญาโท (Master of Science) และปริญญาเอก (Ph.D.) ในสาขาวิชา Optics จาก College of Optics and Photonics, University of Central Florida, USA ปีที่สำเร็จ การศึกษา พ.ศ. 2553 หลังจบการศึกษาระดับปริญญาเอกแล้วได้ทำงานเป็นนักวิจัยที่ Optical Diagnostics and Applications Laboratory, Institute of Optics, University of Rochester, USA เป็นเวลา 1 ปี สาขางานวิจัยที่มีความชำนาญพิเศษคือ การออกแบบระบบเชิงแสง โดยเน้นการ พัฒนาระบบถ่ายภาพสามมิติด้วยแสงอินฟราเรดและการประยุกต์ในเชิงชีวการแพทย์และชีววิทยา สถานที่ติดต่อ: อาคารวิชาการ 2 ชั้น 5 ห้อง C2-537 สาขาวิชาฟิสิกส์ สำนักวิชาวิทยาศาสตร์ มหาวิทยาลัยเทคโนโลยีสุรนารี เลขที่ 111 ถนนมหาวิทยาลัย ต. สุรนารี อ. เมือง จ. นครราชสีมา 30000 โทร. 044 224 544 หรือ Email: panomsak@sut.ac.th

ศาสตราจารย์ ดร. โจโวโน วิดจายา (Joewono Widjaja) เป็นอาจารย์ประจำสาขาวิชาฟิสิกส์ สำนัก วิชาวิทยาศาสตร์ มหาวิทยาลัยเทคโนโลยีสุรนารี จบการศึกษาระดับปริญญาตรีวิศวกรรมศาสตรบัณฑิต (สาขาวิศวกรรมอิเล็กทรอนิกส์) จาก Satya Wacana Christian University, Indonesia (1986) และ สำเร็จการศึกษาระดับปริญญาโท (Master of Engineering) และปริญญาเอก (Doctor of Engineering) ในสาขาวิชาวิศวกรรมอิเล็กทรอนิกส์ จาก Hokkaido University, Japan ในปี พ.ศ. 2534 และ 2537 ตามลำดับ สาขางานวิจัยที่มีความชำนาญพิเศษคือ การประมวลผลสัญญาณเชิงแสง ดิจิตอลโฮโลแกรม และมาตรวิทยาเชิงแสง

สถานทตดตอ: อาคารวชาการ 2 ชน 5 หอง C2-542 สาขาวชาพสกส สานกวชาวทยาศาสตร มหาวิทยาลัยเทคโนโลยีสุรนารี เลขที่ **111** ถนนมหาวิทยาลัย ต. สุรนารี อ. เมือง จ. นครราชสีมา 30000 โทร. 044 224 194 หรือ Email: <u>widjaja@sut.ac.th</u>