



เลขที่อนุสิทธิบัตร 23160

อสป/200 - ข

อนุสิทธิบัตร

อาศัยอำนาจตามความในพระราชบัญญัติสิทธิบัตร พ.ศ. 2522
ซึ่งแก้ไขเพิ่มเติมโดยพระราชบัญญัติสิทธิบัตร (ฉบับที่ 3) พ.ศ. 2542
อธิบดีกรมทรัพย์สินทางปัญญาออกอนุสิทธิบัตรฉบับนี้ให้แก่

มหาวิทยาลัยธรรมศาสตร์

สำหรับการประดิษฐ์ตามรายละเอียดการประดิษฐ์ ชื่อถือสิทธิ และรูปเขียน (ถ้ามี) ดังที่ปรากฏในอนุสิทธิบัตรนี้

เลขที่คำขอ	1903000837
วันขอรับอนุสิทธิบัตร	5 เมษายน 2562
ผู้ประดิษฐ์	นางสาวกรอนงค์ ยืนยงชัยวัฒน์ และ นายสุเมธี ธนังกุล
ชื่อที่แสดงถึงการประดิษฐ์	ระบบวิเคราะห์ความอึดตัวของออกซิเจนในเลือดจากสัญญาณอนาล็อก: วิธีการแบบไม่ล่วงล้ำ (Pulse oximetry from analog signal: noninvasive method)

23160

ให้ผู้ทรงอนุสิทธิบัตรนี้มีสิทธิและหน้าที่ตามกฎหมายว่าด้วยสิทธิบัตรทุกประการ

ออกให้ ณ วันที่	12 เดือน	กุมภาพันธ์	พ.ศ. 2567
หมดอายุ ณ วันที่	4 เดือน	เมษายน	พ.ศ. 2568



รองอธิบดีกรมทรัพย์สินทางปัญญา ปฏิบัติราชการแทน
อธิบดีกรมทรัพย์สินทางปัญญา
ผู้ออกอนุสิทธิบัตร

พนักงานเจ้าหน้าที่

- หมายเหตุ
- ผู้ทรงอนุสิทธิบัตรต้องชำระค่าธรรมเนียมรายปีเริ่มตั้งแต่ปีที่ 5 ของอายุอนุสิทธิบัตร มิฉะนั้น อนุสิทธิบัตรนี้จะสิ้นสุดอายุ
 - ผู้ทรงอนุสิทธิบัตรจะขอชำระค่าธรรมเนียมรายปีล่วงหน้าโดยชำระทั้งหมดในคราวเดียวได้
 - ภายใน 90 วันก่อนวันสิ้นอายุอนุสิทธิบัตร ผู้ทรงอนุสิทธิบัตรมีสิทธิขอต่ออายุอนุสิทธิบัตรได้ 2 ครั้ง มีกำหนดคราวละ 2 ปี โดยยื่นคำขอต่ออายุ ต่อพนักงานเจ้าหน้าที่
 - การอนุญาตให้ใช้สิทธิตามอนุสิทธิบัตรและการโอนอนุสิทธิบัตรต้องทำเป็นหนังสือและจดทะเบียนต่อพนักงานเจ้าหน้าที่



Ref.256701012398525

รายละเอียดการประดิษฐ์**ชื่อที่แสดงถึงการประดิษฐ์**

ระบบวิเคราะห์ความอิ่มตัวของออกซิเจนในเลือดจากสัญญาณอนาล็อก : วิธีการแบบไม่ล่วงล้ำ (Pulse oximetry from analog signal: noninvasive method)

5 สาขาวิทยาการที่เกี่ยวข้องกับการประดิษฐ์

วิทยาศาสตร์การแพทย์ ในส่วนที่เกี่ยวข้องกับระบบวิเคราะห์ความอิ่มตัวของออกซิเจนในเลือดจากสัญญาณอนาล็อก : วิธีการแบบไม่ล่วงล้ำ (Pulse oximetry from analog signal: noninvasive method)

ภูมิหลังของศิลปะหรือวิทยาการที่เกี่ยวข้อง

ภาวะพร่องออกซิเจน (hypoxia หรือ hypoxemia) เป็นปัญหาสำคัญที่พบได้ในผู้ป่วยสภาวะทางระบบหัวใจและทรวงอก เช่น ผู้ป่วยกลุ่มโรคปอดอุดกั้นเรื้อรัง (COPD: Chronic obstructive pulmonary disease) ผู้ป่วยทางระบบประสาทที่มีปัญหาการอ่อนแรงของกล้ามเนื้อหายใจ เป็นต้น ซึ่งอาการของภาวะพร่องออกซิเจนที่พบ ได้แก่ อัตราการหายใจเพิ่มขึ้น มีอาการหอบเหนื่อย หรือลักษณะการหายใจโดยใช้กล้ามเนื้อช่วยหายใจ อาการเขียวคล้ำ (Cyanosis) การเปลี่ยนแปลงของระบบประสาทและกล้ามเนื้อ เช่น อาการกระวนกระวาย อารมณ์ไม่ปกติเปลี่ยนแปลงง่าย และการเปลี่ยนแปลงของระบบหัวใจและหลอดเลือด ซึ่งพบว่าหัวใจเต้นเร็ว ชีพจรเร็ว และความดันโลหิตสูงขึ้น ซึ่งสามารถทำการประเมินภาวะพร่องออกซิเจนโดย

1. วิธีแบบล่วงล้ำ (invasive method) เป็นการวัดโดยการเจาะเลือดจากเส้นเลือดแดงโดยตรง เพื่อวัดค่าความดันออกซิเจนในเลือด (PaO₂) ซึ่งเป็นวิธีที่เที่ยงตรง แต่ผู้ป่วยไม่สามารถตรวจและวิเคราะห์ได้เอง รวมถึงไม่สามารถติดตามผลได้อย่างต่อเนื่อง

2. วิธีแบบไม่ล่วงล้ำ (non-invasive method) เป็นการวัดโดยใช้อุปกรณ์วัดความอิ่มตัวของออกซิเจนในเลือด (Pulse oximeter) เพื่อวัดค่าความอิ่มตัวของออกซิเจนในเลือด (SpO₂) ซึ่งเป็นวิธีที่ใช้กันอย่างแพร่หลาย เนื่องจากสามารถติดตามผลได้อย่างต่อเนื่อง และผู้ป่วยสามารถวัดได้เอง

ปัจจุบันเครื่องมือสื่อสาร เช่น โทรศัพท์มือถือแบบสมาร์ทโฟน หรือแท็บเล็ต (Tablet) ได้ถูกนำมาใช้อย่างกว้างขวางเนื่องจากมีความสะดวก พกพาได้ง่าย โดยเครื่องมือสื่อสารยังถูกนำมาพัฒนา โดยการเขียนโปรแกรมเพื่อใช้ในทางการแพทย์

25 ดังนั้น จึงทำการสร้างระบบวิเคราะห์ความอิ่มตัวของออกซิเจนในเลือดชนิดที่เป็นแบบไม่ล่วงล้ำ จากระบบสัญญาณอนาล็อก เพื่อทำการเชื่อมต่อกับเครื่องมือสื่อสาร เช่น โทรศัพท์มือถือแบบสมาร์ทโฟน หรือแท็บเล็ต (Tablet) เพื่อที่จะแสดงระดับความอิ่มตัวของออกซิเจนในเลือด (SpO₂) สำหรับการติดตามผลและการบันทึกผล ซึ่งปัจจุบันอุปกรณ์วัดความอิ่มตัวของออกซิเจนในเลือดจะเป็นการใช้ระบบของระบบสัญญาณอนาล็อก ทำให้ไม่สามารถที่จะเชื่อมต่อเข้ากับเครื่องมือสื่อสาร เช่น โทรศัพท์มือถือแบบสมาร์ทโฟน หรือแท็บเล็ต (Tablet) ได้ ดังนั้น ผู้วิจัยจึงได้ทำการแปลงระบบสัญญาณอนาล็อกให้เป็นระบบสัญญาณดิจิทัลเพื่อเชื่อมต่อกับเข้าอุปกรณ์เครื่องมือสื่อสาร เช่น โทรศัพท์มือถือแบบสมาร์ทโฟน หรือแท็บเล็ต (Tablet) เพื่อสะดวกต่อการใช้งานรวมถึงสามารถที่จะทำการบันทึกข้อมูลหรือเรียกดูข้อมูลย้อนหลังได้



นายสุวิชัย บุญอารี

ระบบสัญญาณนาฬิกา ในการวิเคราะห์ความอิ่มตัวของออกซิเจนในเลือดที่เชื่อมต่อกับอุปกรณ์โทรศัพท์มือถือแบบสมาร์ทโฟน หรือแท็บเล็ต (Tablet) อาศัยหลักการดูดซับคลื่นแสงที่แตกต่างกันของฮีโมโกลบินที่จับกับออกซิเจน (oxyhemoglobin: HbO₂) และฮีโมโกลบินที่ไม่จับกับออกซิเจน (deoxyhaemoglobin หรือ reduced haemoglobin: HbR) โดยฮีโมโกลบินที่จับกับออกซิเจน (oxyhemoglobin: HbO₂) ดูดซับคลื่นแสงช่วงความยาวคลื่น 600-750 นาโนเมตร (คลื่นแสงสีแดง) ขณะที่ฮีโมโกลบินที่ไม่จับกับออกซิเจน (deoxyhaemoglobin หรือ reduced haemoglobin: HbR) ดูดซับคลื่นแสงความยาวคลื่น 850-1000 นาโนเมตร (คลื่นอินฟราเรด)

ทั้งนี้ ระบบสัญญาณนาฬิกาสำหรับการวิเคราะห์ความอิ่มตัวของออกซิเจนในเลือด (SpO₂) นี้ อ้างอิงตามการออกแบบของ Santiago Lopez (Pulse Oximeter Fundamentals and Design) โดยใช้การสร้างแบบวัดความอิ่มตัวของออกซิเจน (MED-SPO₂ functional block diagram)

ลักษณะและความมุ่งหมายของการประดิษฐ์

สิ่งประดิษฐ์นี้เกี่ยวกับระบบวิเคราะห์ความอิ่มตัวของออกซิเจนในเลือดจากสัญญาณนาฬิกา : วิธีการแบบไม่ล่วงล้ำ (Pulse oximetry from analog signal: noninvasive method) โดยระบบสัญญาณนาฬิกาสำหรับการวิเคราะห์ความอิ่มตัวของออกซิเจนในเลือด (SpO₂) นี้ อ้างอิงตามการออกแบบของ Santiago Lopez (Pulse Oximeter Fundamentals and Design) โดยใช้การสร้างแบบวัดความอิ่มตัวของออกซิเจน (MED-SPO₂ functional block diagram) ซึ่งเป็นระบบสัญญาณนาฬิกาสำหรับการวิเคราะห์ความอิ่มตัวของออกซิเจนในเลือด (SpO₂) ที่ใช้กันทั่วไป สัญญาณนาฬิกาสำหรับการวิเคราะห์ความอิ่มตัวของออกซิเจนในเลือด (SpO₂) ตามการออกแบบของ Santiago Lopez (Pulse Oximeter Fundamentals and Design) นี้ ไม่สามารถทำการเชื่อมต่อกับอุปกรณ์สื่อสาร เช่น โทรศัพท์มือถือแบบสมาร์ทโฟน หรือแท็บเล็ต (Tablet) ดังนั้น จึงต้องมีการแปลงระบบของสัญญาณนาฬิกาให้เป็นระบบสัญญาณดิจิทัล เพื่อสามารถเชื่อมต่อกับอุปกรณ์สื่อสาร เช่น โทรศัพท์มือถือแบบสมาร์ทโฟน หรือแท็บเล็ต (Tablet) ทั้งนี้ ระบบสัญญาณนาฬิกาในการวิเคราะห์ความอิ่มตัวของออกซิเจนในเลือดที่เชื่อมต่อกับอุปกรณ์โทรศัพท์มือถือแบบสมาร์ทโฟน หรือแท็บเล็ต (Tablet) อาศัยหลักการดูดซับคลื่นแสงที่แตกต่างกันของฮีโมโกลบินที่จับกับออกซิเจน (oxyhemoglobin: HbO₂) และฮีโมโกลบินที่ไม่จับกับออกซิเจน (deoxyhaemoglobin หรือ reduced haemoglobin: HbR) โดยฮีโมโกลบินที่จับกับออกซิเจน (oxyhemoglobin: HbO₂) ดูดซับคลื่นแสงช่วงความยาวคลื่น 600-750 นาโนเมตร (คลื่นแสงสีแดง) ขณะที่ฮีโมโกลบินที่ไม่จับกับออกซิเจน (deoxyhaemoglobin หรือ reduced haemoglobin: HbR) ดูดซับคลื่นแสงความยาวคลื่น 850-1000 นาโนเมตร (คลื่นอินฟราเรด) โดยที่อุปกรณ์ที่สามารถอ่านค่าความยาวคลื่นต่างๆ นั้นสามารถอ่านค่าได้เพียงอย่างเดียวอย่างหนึ่ง ไม่สามารถอ่านค่าความยาวคลื่นทั้งสองขนาดได้พร้อมๆ กัน จึงทำสร้างวงจรรนาฬิกาที่สามารถทำการสลับการอ่านค่าความยาวคลื่น และวงจรซึ่งทำหน้าที่ในการเปิดคลื่นแสงสีแดงและปิดคลื่นอินฟราเรด สลับกันโดยใช้การเปิดปิดนานสลับกันอย่างละ 3 วินาที ซึ่งส่งผลให้มีการปล่อยคลื่นความแสงสีแดงที่ 600 นาโนเมตร เป็นเวลา 3 วินาที และเกิดสัญญาณไฟฟ้าปรากฏขึ้นที่ อุปกรณ์จับสัญญาณความอิ่มตัวของ


นายสุวิชัย บุญอารี

ออกซิเจนในเลือด และส่งวงจรกระแสไฟฟ้าแปลงเป็นแรงดันไฟฟ้า ผ่านไปยังวงจรกรองสัญญาณรวมซึ่งมีบอร์ดควบคุมไมโครคอนโทรลเลอร์แบบเชื่อมต่อข้อมูลแบบไร้สายผ่านทางบลูทูธ (Bluetooth) เพื่อเชื่อมต่อสมาร์ตโฟนหรือแท็บเล็ตซึ่งจะมีการเขียนซอฟต์แวร์ ในการคำนวณค่าเปอร์เซ็นต์ความอิ่มตัวของออกซิเจนในเลือด จากวงจรกรองสัญญาณรวม

- 5 ความมุ่งหมายของการประดิษฐ์นี้ คือ การพัฒนาระบบวัดความอิ่มตัวของออกซิเจนในเลือด ใช้ระบบสัญญาณอนาล็อก โดยการแปลงระบบของสัญญาณอนาล็อกให้เป็นระบบสัญญาณดิจิทัล เพื่อสามารถเชื่อมต่อกับอุปกรณ์สื่อสาร เช่น โทรศัพท์มือถือแบบสมาร์ตโฟน หรือแท็บเล็ต (Tablet) ได้

คำอธิบายรูปเขียนโดยย่อ

รูปที่ 1 แสดงถึงแนวคิดในการออกแบบวงจรสร้างอนาล็อก สำหรับวิเคราะห์ความอิ่มตัวของออกซิเจนในเลือด
10 : วิธีการแบบไม่ล่วงล้ำ

รูปที่ 2 แสดงถึงแผนภาพการทำงานระบบวิเคราะห์ความอิ่มตัวของออกซิเจนในเลือดจากสัญญาณอนาล็อก :
วิธีการแบบไม่ล่วงล้ำ (Pulse oximetry from analog signal: noninvasive method)

การเปิดเผยการประดิษฐ์โดยสมบูรณ์

- 15 ตามรูปที่ 1 แสดงถึงแนวคิดในการออกแบบวงจรสร้างอนาล็อก สำหรับวิเคราะห์ความอิ่มตัวของออกซิเจนในเลือด : วิธีการแบบไม่ล่วงล้ำ (Pulse oximetry from analog signal: noninvasive method) ประกอบด้วย วงจรสร้างแหล่งกำเนิดสัญญาณความถี่ วงจรเลือกป้อนความถี่ รับรู้ความถี่ จ่ายคลื่นวงจรและเลือกสัญญาณ รวมถึงแปลงสัญญาณอนาล็อกเป็นสัญญาณดิจิทัล

- 20 ตามรูปที่ 2 จะแสดงถึงแผนภาพระบบวิเคราะห์ความอิ่มตัวของออกซิเจนในเลือดจากสัญญาณอนาล็อก : วิธีการแบบไม่ล่วงล้ำ (Pulse oximetry from analog signal: noninvasive method) ประกอบด้วย วงจรสร้างแหล่งให้กำเนิดสัญญาณความถี่รูปสี่เหลี่ยม 1 กิโลเฮิรตซ์ (kHz) (1) ด้วยการสร้างโปรแกรมกำหนดสัญญาณความถี่รูปสี่เหลี่ยม 1 กิโลเฮิรตซ์ (kHz) วงจรสวิตช์เลือกป้อนความถี่ 1 กิโลเฮิรตซ์ (kHz) ให้หลอดให้ความยาวคลื่นแสง 660 นาโนเมตรและหลอดให้ความยาวคลื่นแสง 960 นาโนเมตร (2) ครั้งละ 3 วินาที สลับกันตามการสั่งการของโปรแกรมหลัก สร้างโดยการใช้อุปกรณ์อิเล็กทรอนิกส์ชนิดไอซี
25 อนาล็อกสวิตช์ วงจรสวิตช์เลือกวงจรขับหลอดจ่ายความยาวคลื่นแสง 660 นาโนเมตร และความยาวคลื่นแสง 960 นาโนเมตร (3) ครั้งละ 3 วินาทีสลับกันสร้าง ด้วยการใช้อุปกรณ์อิเล็กทรอนิกส์ประเภททรานซิสเตอร์ขับให้กระแสไฟฟ้าแก่วงจรหลอดจ่ายความยาวคลื่นแสง 660 นาโนเมตร และความยาวคลื่นแสง 960 นาโนเมตร (4) เพื่อให้หลอดทั้ง 2 สามารถจ่ายความเข้มของคลื่นแสงออกมาตามต้องการ วงจรรับรู้สัญญาณความอิ่มตัวของออกซิเจนจากหลอดจ่ายความยาวคลื่นแสง 660 นาโนเมตร และความยาวคลื่นแสง 960 นาโนเมตร (5)
30 ต่อเข้ากับวงจรเลือกสัญญาณเฉพาะหลอดจ่ายความยาวคลื่นแสง 660 นาโนเมตรหรือความยาวคลื่นแสง 960 นาโนเมตร (6) ซึ่งจะทำหน้าที่ในการเลือกสัญญาณเฉพาะหลอดจ่ายความยาวคลื่นแสง 660 นาโนเมตร หรือความยาวคลื่นแสง 960 นาโนเมตร อย่างละครั้งละ 3 วินาที สลับกัน ตามโปรแกรมหลัก สร้างด้วยการใช้อุปกรณ์อิเล็กทรอนิกส์ชนิดไอซีอนาล็อกสวิตช์เพื่อต่อกับวงจรแปลงสัญญาณในรูปกระแสไฟฟ้าให้เป็น


นายสุรชัย บุญอารี

หน้า 4 ของจำนวน 5 หน้า

แรงดันไฟฟ้า (7) วงจรสวิตช์เลือกสัญญาณแรงดันไฟฟ้าความยาวคลื่นแสง 660 นาโนเมตร หรือความยาวคลื่นแสง 960 นาโนเมตร (8) ซึ่งทำหน้าที่จับการดูดซับคลื่นแสงที่แตกต่างกันของฮีโมโกลบินที่จับกับออกซิเจน และฮีโมโกลบินที่ไม่จับกับออกซิเจนที่บริเวณปลายนิ้วมือ โดยทำการเลือก ครั้งละ 3 วินาทีตามชนิดของหลอด

5 สลับกับตามโปรแกรมหลัก สร้างด้วยการใช้อุปกรณ์อิเล็กทรอนิกส์ชนิดไอซีอานา ล็อกสวิตช์ เพื่อต่อกับวงจรทำงานตามโปรแกรมหลักเพื่อเลือกการอ่านสัญญาณชนิดความยาวคลื่นแสง 660 นาโนเมตร หรือความยาวคลื่นแสง 960 นาโนเมตร โดยจะสลับการทำงานทุก 3 วินาที เมื่อมีการเลือกรับสัญญาณ วงจรขยายและ

10 กรองของความยาวคลื่นแสง 660 นาโนเมตร วงจรขยายและกรองความถี่ต่ำ 6 เฮิรท์ซ (Hz) และกรองความถี่สูง 0.8 เฮิรท์ซ (Hz) ของความยาวคลื่นแสง 660 นาโนเมตร (9) เพื่อขยายและกรองค่าความถี่สำหรับการตรวจจับค่าฮีโมโกลบินที่จับกับออกซิเจน โดยวงจรกรองความถี่ 50 เฮิรท์ซ (Hz) ของความยาวคลื่นแสง 660

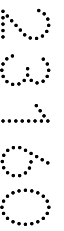
15 นาโนเมตร (10) สำหรับการกรองค่าความถี่เพื่อใช้ในการตรวจจับค่าฮีโมโกลบินที่จับกับออกซิเจน โดยวงจรขยายและกรองความถี่ต่ำ 6 เฮิรท์ซ (Hz) และกรองความถี่สูง 0.8 เฮิรท์ซ (Hz) และวงจรกรองความถี่ต่ำ 4.8 เฮิรท์ซ (Hz) ของความยาวคลื่นแสง 660 นาโนเมตร (11) เพื่อทำหน้าที่ขยายและกรองค่าความถี่สำหรับการตรวจจับค่าฮีโมโกลบินที่จับกับออกซิเจน สร้างเป็นวงจร แอ็กทิฟ ฟิลเตอร์ใช้อุปกรณ์อิเล็กทรอนิกส์ชนิด

20 ตัวเก็บประจุและตัวความต้านทานแบบคงที่ และออปเรชันแอมป์ไฟเออร์ และ อาร์ซี ฟิลเตอร์ สัญญาณที่กรองแล้วจะผ่านไปวงจรเลือกช่องใช้งานและแผงวงจรแปลงสัญญาณอนาล็อกเป็นสัญญาณดิจิทัล (12) โดยการแปลงสัญญาณอนาล็อกและส่งไปช่องที่ 1 ของแปลงสัญญาณอนาล็อกเป็นสัญญาณดิจิทัลของบอร์ดควบคุม

25 สำหรับวงจรเลือกสัญญาณแรงดันไฟฟ้าความยาวคลื่นแสง 960 นาโนเมตร จะเป็นการผ่านจากวงจรสวิตช์เลือกสัญญาณแรงดันไฟฟ้าความยาวคลื่นแสง 660 นาโนเมตรหรือความยาวคลื่นแสง 960 นาโนเมตร (8) ซึ่งทำหน้าที่จับการดูดซับคลื่นแสงที่แตกต่างกันของฮีโมโกลบินที่จับกับออกซิเจนและฮีโมโกลบินที่ไม่จับ

30 ออกซิเจนที่บริเวณปลายนิ้วมือ จะผ่านไปยังวงจรขยายและกรอง-ความถี่ต่ำ 6 เฮิรท์ซ (Hz) และกรองความถี่สูง 0.8 เฮิรท์ซ (Hz) ของความยาวคลื่นแสง 960 นาโนเมตร (13) เพื่อขยายและกรองค่าความถี่สำหรับการตรวจจับค่าฮีโมโกลบินที่ไม่จับกับออกซิเจน สร้างด้วยการใช้อุปกรณ์อิเล็กทรอนิกส์ชนิด ตัวเก็บประจุและตัวความต้านทานแบบคงที่ วงจรกรองความถี่ 50 เฮิรท์ซ (Hz) ของความยาวคลื่นแสง 960 นาโนเมตร (14) สำหรับการกรองค่าความถี่เพื่อใช้ในการตรวจจับค่าฮีโมโกลบินที่ไม่จับกับออกซิเจน ใช้อุปกรณ์อิเล็กทรอนิกส์

ชนิด ตัวเก็บประจุและตัวความต้านทานแบบคงที่มาต่อเป็นวงจรมีออด ฟิลเตอร์ วงจรขยายและกรองความถี่ต่ำ 6 เฮิรท์ซ (Hz) และกรองความถี่สูง 0.8 เฮิรท์ซ (Hz) และวงจรกรองความถี่ต่ำ 4.8 เฮิรท์ซ (Hz) ของความยาวคลื่นแสง 960 นาโนเมตร (15) เพื่อทำหน้าที่ขยายและกรองค่าความถี่สำหรับการตรวจจับค่าฮีโมโกลบินที่ไม่จับกับออกซิเจน โดยสัญญาณที่กรองแล้วจะผ่านไปวงจรเลือกช่องใช้งานและแผงวงจรแปลงสัญญาณอนาล็อกเป็นสัญญาณดิจิทัล (12) ซึ่งเป็นวงจรเลือกช่องสัญญาณอนาล็อกและส่งไปช่องที่ 2 ของการแปลงสัญญาณอนาล็อกเป็นสัญญาณดิจิทัลของบอร์ดควบคุม วงจรเลือกช่องใช้งานครั้งละ 3 วินาทีของบอร์ดตามโปรแกรมหลักและแผงวงจรแปลงสัญญาณ อนาล็อกสร้างโดยจัดหาบอร์ดควบคุมไมโครคอนโทรลแบบเชื่อมต่อ




นายสุรชัย บุญอารี

Signed by DIP-CA

ข้อมูลได้เป็นการสื่อสารไร้สายแบบบลูทูธ (Bluetooth) และเซทการเชื่อมต่อกับอุปกรณ์สื่อสาร เช่น โทรศัพท์มือถือแบบสมาร์ทโฟน หรือแท็บเล็ต (Tablet)

วิธีการในการประดิษฐ์ที่ดีที่สุด

เหมือนกับที่ได้กล่าวไว้แล้วในหัวข้อการเปิดเผยการประดิษฐ์โดยสมบูรณ์

23160

ข้อถ้อยสัญญา

1. ระบบวิเคราะห์ความอิมตัวของออกซิเจนในเลือดจากสัญญาณนาฬิกา : วิธีการแบบไม่ล่วงล้ำ (Pulse oximetry from analog signal: noninvasive method) ประกอบด้วย วงจรสร้างแหล่งให้กำเนิดสัญญาณความถี่รูปสี่เหลี่ยม 1 กิโลเฮิร์ตซ์ (kHz) (1) วงจรสวิตช์เลือกป้อนความถี่ 1 กิโลเฮิร์ตซ์ (kHz) ให้หลอดให้ความยาวคลื่นแสง 660 นาโนเมตร และหลอดให้ความยาวคลื่นแสง 960 นาโนเมตร (2) วงจรสวิตช์เลือกวงจรขับหลอดจ่ายความยาวคลื่นแสง 660 นาโนเมตรและความยาวคลื่นแสง 960 นาโนเมตร (3) วงจรหลอดจ่ายความยาวคลื่นแสง 660 นาโนเมตร และความยาวคลื่นแสง 960 นาโนเมตร (4) วงจรรับรู้สัญญาณความอิมตัวของออกซิเจนจากหลอดจ่ายความยาวคลื่นแสง 660 นาโนเมตร และความยาวคลื่นแสง 960 นาโนเมตร (5) วงจรเลือกสัญญาณเฉพาะหลอดจ่ายความยาวคลื่นแสง 660 นาโนเมตรหรือความยาวคลื่นแสง 960 นาโนเมตร (6) วงจรแปลงสัญญาณในรูปกระแสไฟฟ้าให้เป็นแรงดันไฟฟ้า (7)

- มีลักษณะเฉพาะคือ** วงจรสวิตช์เลือกสัญญาณแรงดันไฟฟ้าความยาวคลื่นแสง 660 นาโนเมตร หรือความยาวคลื่นแสง 960 นาโนเมตร (8) ซึ่งทำหน้าที่จับการดูดซับคลื่นแสงที่แตกต่างกันของฮีโมโกลบินที่จับกับออกซิเจนและฮีโมโกลบินที่ไม่จับออกซิเจนที่บริเวณปลายนิ้วมือ โดยทำการเลือกครั้งละ 3 วินาทีตามชนิดของหลอดสลับกับตามโปรแกรมหลัก สร้างด้วยการใช้อุปกรณ์อิเล็กทรอนิกส์ชนิดไอซีอนาล็อกสวิตช์ เพื่อต่อกับวงจร ทำงานตามโปรแกรมหลักเพื่อเลือกการอ่านสัญญาณชนิดความยาวคลื่นแสง 660 นาโนเมตร หรือความยาวคลื่นแสง 960 นาโนเมตร โดยจะสลับการทำงานทุก 3 วินาที เมื่อมีการเลือกรับสัญญาณความยาวคลื่นแสง 660 นาโนเมตร จะผ่านไปวงจรขยายและกรองความถี่ต่ำ 6 เฮิร์ตซ์ (Hz) และ

- วงจรรองความถี่สูง 0.8 เฮิร์ตซ์ (Hz) ของความยาวคลื่นแสง 660 นาโนเมตร (9) เพื่อขยายและกรองค่าความถี่สำหรับการตรวจจับค่าฮีโมโกลบินที่จับกับออกซิเจน โดยวงจรรองความถี่ 50 เฮิร์ตซ์ (Hz) ของความยาวคลื่นแสง 660 นาโนเมตร (10) สำหรับการกรองค่าความถี่เพื่อใช้ในการตรวจจับค่าฮีโมโกลบินที่จับกับออกซิเจน โดยวงจรรองความถี่ต่ำ 6 เฮิร์ตซ์ (Hz) และกรองความถี่สูง 0.8 เฮิร์ตซ์ (Hz) และวงจรรองความถี่ต่ำ 4.8 เฮิร์ตซ์ (Hz) ของความยาวคลื่นแสง 660 นาโนเมตร (11) เพื่อทำหน้าที่ขยายและกรองค่าความถี่สำหรับการตรวจจับค่าฮีโมโกลบินที่จับกับออกซิเจน และ

- แผงวงจรแปลงสัญญาณนาฬิกาเป็นสัญญาณดิจิทัล (12) ซึ่งสัญญาณที่กรองแล้วจะผ่านไปวงจรเลือกช่องใช้งาน โดยการส่งไปช่องที่ 1 ของแปลงสัญญาณนาฬิกาเป็นสัญญาณดิจิทัลของบอร์ดควบคุม ในขณะที่เดียวกันเมื่อมีการเลือกรับสัญญาณความยาวคลื่นแสง 960 นาโนเมตร จะผ่านวงจรสวิตช์เลือกสัญญาณแรงดันไฟฟ้าความยาวคลื่นแสง 660 นาโนเมตร หรือ ความยาวคลื่นแสง 960 นาโนเมตร (8) ซึ่งทำหน้าที่จับการดูดซับคลื่นแสงที่แตกต่างกันของฮีโมโกลบินที่จับกับออกซิเจนและฮีโมโกลบินที่ไม่จับออกซิเจนที่บริเวณปลายนิ้วมือ และ

- วงจรรองความถี่สูงของความยาวคลื่นแสง 960 นาโนเมตร โดยผ่านวงจรรองความถี่ต่ำ 6 เฮิร์ตซ์ (Hz) และกรองความถี่สูง 0.8 เฮิร์ตซ์ (Hz) ของความยาวคลื่นแสง 960 นาโนเมตร (13) เพื่อขยายและกรองค่าความถี่สำหรับการตรวจจับค่าฮีโมโกลบินที่ไม่จับกับออกซิเจน โดยวงจรรองความถี่ 50



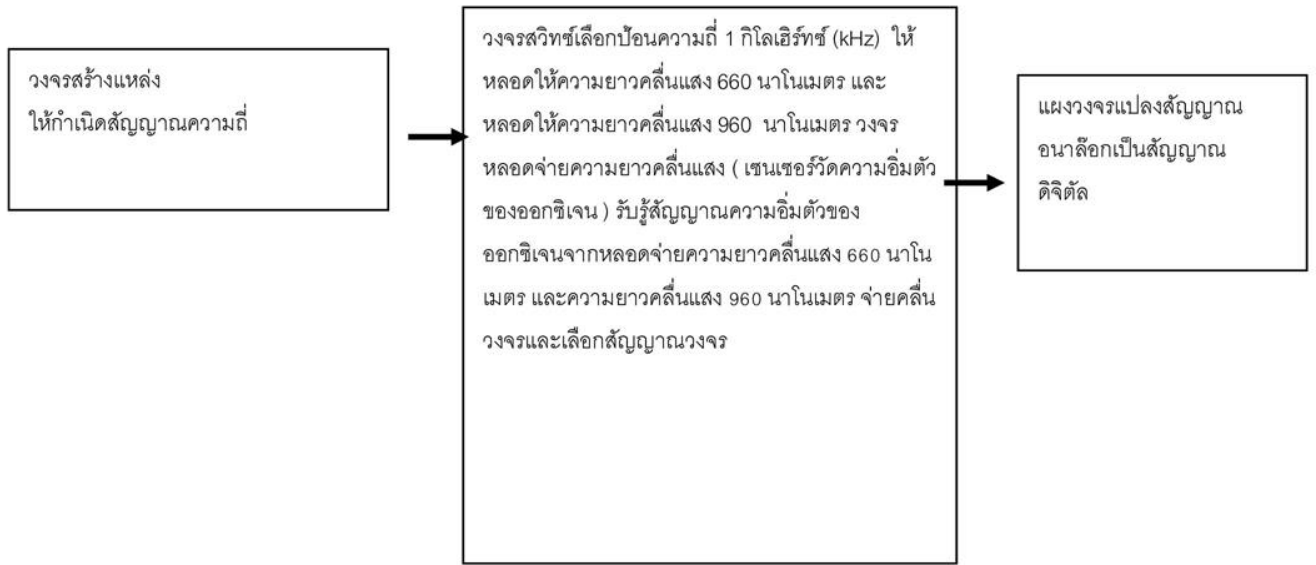
นายสุรชัย บุญอารี

หน้า 2 ของจำนวน 2 หน้า

- เฮิร์ตซ์ (Hz) ของความยาวคลื่นแสง 960 นาโนเมตร (14) สำหรับการกรองค่าความถี่เพื่อใช้ในการตรวจจับค่าฮิโมโกลบินที่ไม่จับกับออกซิเจน โดยวงจรขยายและกรองความถี่ต่ำ 6 เฮิร์ตซ์ (Hz) และกรองความถี่สูง 0.8 เฮิร์ตซ์ (Hz) และวงจรกรองความถี่ต่ำ 4.8 เฮิร์ตซ์ (Hz) ของความยาวคลื่นแสง 960 นาโนเมตร (15) เพื่อทำหน้าที่ขยายและกรองค่าความถี่สำหรับการตรวจจับค่าฮิโมโกลบินที่ไม่จับกับออกซิเจน โดยสัญญาณที่กรอง
- 5 แล้วจะผ่านไปวงจรเลือกช่องใช้งานและแผงวงจรแปลงสัญญาณ อนาล็อกเป็นสัญญาณดิจิทัล (12) สัญญาณที่กรองแล้วจะผ่านไปวงจรเลือกช่องสัญญาณ อนาล็อกและส่งไปช่องที่ 2 ของแปลงสัญญาณ อนาล็อกเป็นสัญญาณดิจิทัลของบอร์ดควบคุม วงจรเลือกช่องใช้งานครั้งละ 3 วินาทีของบอร์ดตามโปรแกรมหลักและแผงวงจรแปลงสัญญาณ อนาล็อกสร้างโดยจัดหาบอร์ดควบคุมไมโครคอนโทรลแบบเชื่อมต่อข้อมูลได้เป็นการสื่อสารไร้สายแบบบลูทูธ (Bluetooth) และเซทการเชื่อมต่อกับอุปกรณ์สื่อสาร เช่น สมาร์ทโฟน หรือแท็บเล็ต
- 10 (Tablet)

23160

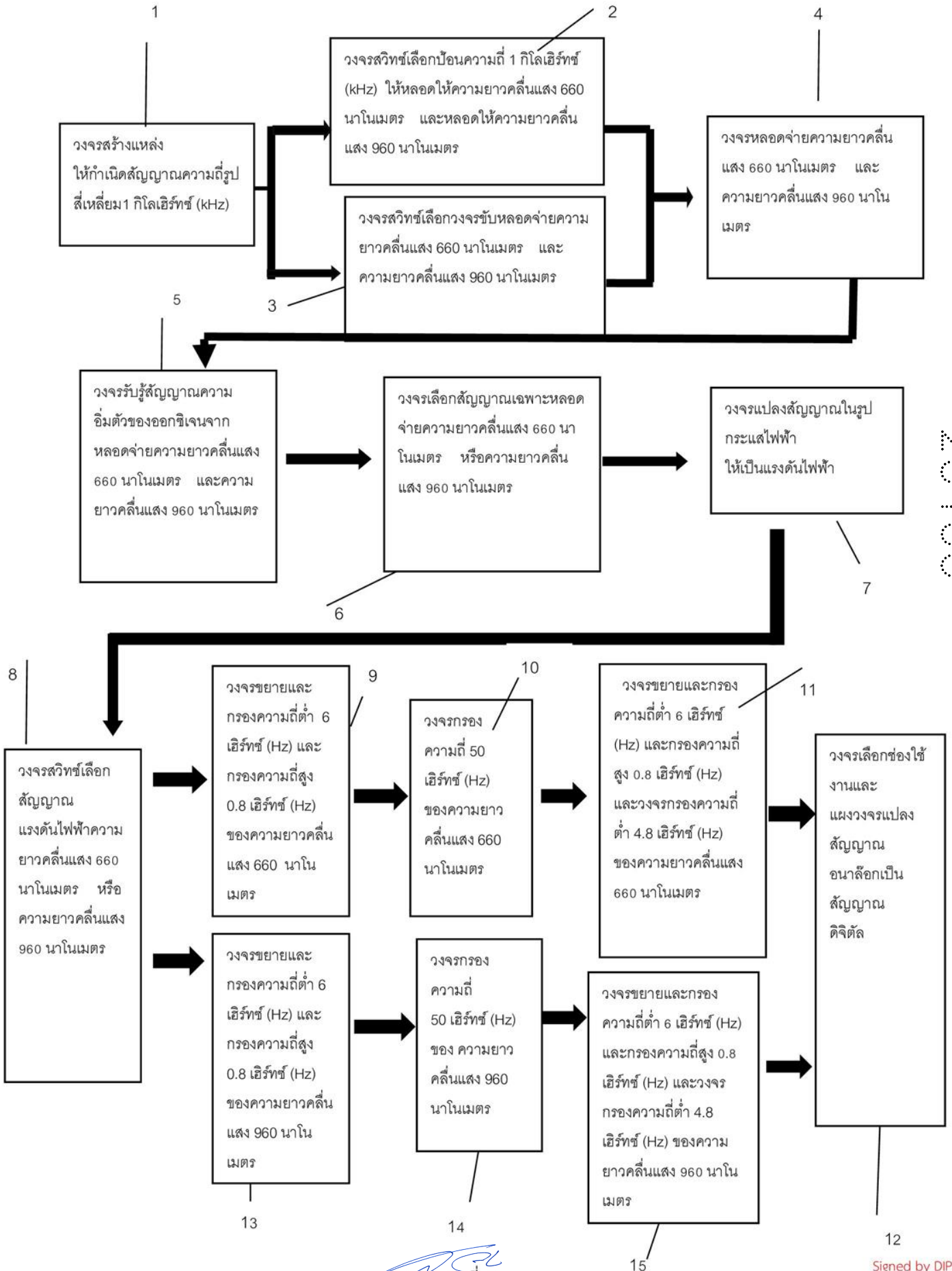
หน้า 1 ของจำนวน 2 หน้า



รูปที่ 1

23160

หน้า 2 ของจำนวน 2 หน้า



23160

บทสรุปการประดิษฐ์

- ระบบวิเคราะห์ความอิมพัลส์ของออกซิเจนในเลือดจากสัญญาณอนาล็อก : วิธีการแบบไม่ล่วงล้ำ (Pulse oximetry from analog signal: noninvasive method) ประกอบด้วย โดยสร้างแหล่งให้กำเนิดสัญญาณความถี่รูปสี่เหลี่ยม 1 กิโลเฮิร์ตซ์ (kHz) สร้างวงจรสวิทช์เลือกป้อนความถี่ 1 กิโลเฮิร์ตซ์
- 5 (kHz) ให้หลอดที่ความยาวคลื่นแสง 600 นาโนเมตร และหลอดให้ความยาวคลื่นแสง 960 นาโนเมตร โดยปล่อยสัญญาณ ครั้งละ 3 วินาทีสลับกัน และแปลงสัญญาณในรูปกระแสไฟฟ้า จากวงจรเลือกสัญญาณความถี่ที่ 660 นาโนเมตรและ 960 นาโนเมตร อย่างละ 3 วินาที สลับกัน และกรองความถี่ต่ำกว่า 6 เฮิร์ตซ์ (Hz) และสูงกว่า 0.8 เฮิร์ตซ์ (Hz) กรองความถี่ 50 เฮิร์ตซ์ (Hz) และ วงจรขยายและกรองความถี่ต่ำกว่า 6 เฮิร์ตซ์ (Hz) และ สูง 0.8 เฮิร์ตซ์ (Hz) และวงจรกรองความถี่ต่ำ 4.8 เฮิร์ตซ์ (Hz)
- 10 ของแต่ละความถี่ (ที่ความยาวคลื่นแสง 660 นาโนเมตร และ 960 นาโนเมตร) เพื่อนำสัญญาณที่ถูกรองและขยายเหล่านี้เข้าสู่แผงวงจรแปลงสัญญาณอนาล็อกเป็นสัญญาณดิจิทัล

23160