

## บทที่ 2

### สัญญาณกล้ามเนื้อ และอิเล็กทรอนิกส์

เนื่องจากสัญญาณกล้ามเนื้อเป็นสัญญาณไฟฟ้าชนิดหนึ่ง และเราจะเอาสัญญาณนี้ไปใช้งาน ดังนั้นในบทนี้จะเริ่มจากการกล่าวถึงการเกิดสัญญาณไฟฟ้าของเซลล์ การทำงานของกล้ามเนื้อ และการเกิดสัญญาณไฟฟ้ากล้ามเนื้อ รวมถึงลักษณะสมบัติทางไฟฟ้าของสัญญาณกล้ามเนื้อ และอิเล็กทรอนิกส์ที่ใช้วัดสัญญาณกล้ามเนื้อ เพื่อเป็นพื้นฐานในการออกแบบและประดิษฐ์ระบบวัดต่อไป

#### 2.1 ศักย์ไฟฟ้าภายในเซลล์

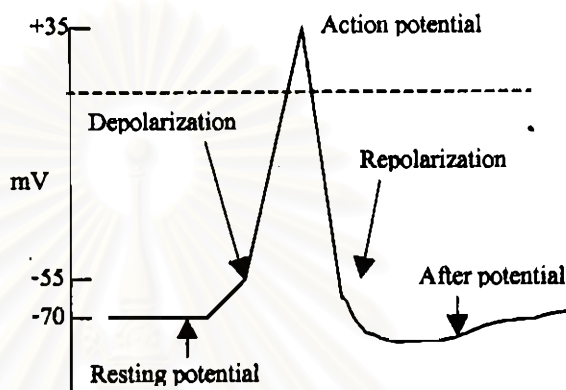
สัญญาณไฟฟ้าจากร่างกายเกิดจากปฏิกิริยาทางเคมีของแต่ละเซลล์โดยมีลักษณะดังแสดงในรูปที่ 2.1 สัญญาณไฟฟ้าเหล่านี้จะถูกส่งไปตามเซลล์ประสาท (neuron) ในสภาวะที่สมดุล จะมีการแพร่ (diffusion) และการบีบของโปแตสเซียมไอออน โซเดียมไอออน และคลอไรด์ไอออนระหว่างภายนอกเซลล์และภายในเซลล์ อันเนื่องมาจากความแตกต่างของความเข้มข้นของไอออนทั้งสองระหว่างภายในและภายนอกเซลล์ และการทำงานของไอออนบีบ ที่จุดสมดุลนี้จะเกิดความต่างศักย์ตกคร่อมผนังเซลล์ราว  $-80 \text{ mV}$  เมื่อเทียบกับนอกเซลล์ ในสภาวะเช่นนี้เราเรียกว่าการเกิดโพลาไรซ์ (polarization) ขึ้นที่เซลล์ และเรียกศักย์ไฟฟ้าที่จุดสมดุลนี้ว่า ศักย์ไฟฟ้าสงบ (resting potential) ค่าของศักย์ไฟฟ้านี้จะขึ้นกับชนิดของเซลล์ และขึ้นกับความเข้มข้นของไอออนภายในและภายนอกเซลล์

เมื่อเซลล์ถูกกระตุ้นจากภายนอกไม่ว่าจะเป็นการกระตุ้นเชิงกล หรือการกระตุ้นด้วยสารทางชีวเคมี ผนังเซลล์จะมีการเปลี่ยนแปลงไปชั่วคราว ซึ่งทำให้เกิดการแพร่ของโซเดียมไอออนที่มีอยู่มากทางภายนอกเซลล์ แพร่เข้าไปในเซลล์อย่างรวดเร็ว โดยจะมีปริมาณของโปแตสเซียมไอออนไหลแพร่ออกมาเพียงเล็กน้อยเท่านั้น ด้วยเหตุนี้เอง จึงทำให้ภายในเซลล์มีประจุบวกมากขึ้น และมีศักย์ไฟฟ้าสูงขึ้นเมื่อเทียบกับภายนอกเซลล์ ศักย์ไฟฟ้านี้เรียกว่า ศักย์ไฟฟ้าไวงาน (action potential) และเรียกสภาวะการเปลี่ยนแปลงของศักย์ไฟฟ้าเช่นนี้ว่า เซลล์ถูกดีโพลาไรซ์ (depolarized) หรือเกิดการดีโพลาไรซ์ (depolarization) ขึ้น ศักย์ไฟฟ้าไวงานนี้จะมีค่าราว  $+30 \text{ mV}$  เมื่อเทียบกับภายนอกเซลล์ (รูปที่ 2.1)

เมื่อเวลาผ่านไปการแพร่ของโซเดียมไอออน และไอออนชนิดอื่นจะเข้าสู่ที่จุดสมดุลใหม่ หลังจากนั้นผนังเซลล์จะค่อยๆ กลับคืนตัวสู่สภาวะเดิมในตอนแรก โดยจะมีการบีบโซเดียมไอออน ออก

ไปโดยกลุ่มของโปรตีนที่เรียกว่า อีออนปั๊ม (ion pump) ลักษณะของการเปลี่ยนสภาวะที่มีศักย์ไฟฟ้าไวงาน เพื่อกลับไปอยู่ในสภาวะเริ่มแรกนี้เรียกว่า รีโพลารไรเซชัน (repolarization)

ขนาดของศักย์ไฟฟ้าไวงานที่เกิดขึ้นจะแตกต่างกันไปตามชนิดของแต่ละเซลล์ และการกระตุ้นจะต้องมีความแรงเกินจุดจำกัดอันหนึ่งที่เรียกว่า จุดเริ่มเปลี่ยน (threshold)



รูปที่ 2.1 ศักย์ไฟฟ้าไวงาน (Action Potential)

## 2.2 สัญญาณกล้ามเนื้อ

กล้ามเนื้อเป็นเซลล์ที่ถูกพัฒนาไปเพื่อทำหน้าที่เคลื่อนที่ โดยมีการหดตัวและคลายตัว เพื่อทำให้เกิดการเคลื่อนไหวของร่างกายและอวัยวะต่างๆ กล้ามเนื้อแบ่งตามการควบคุมการทำงานได้ 2 ชนิด [17] คือ

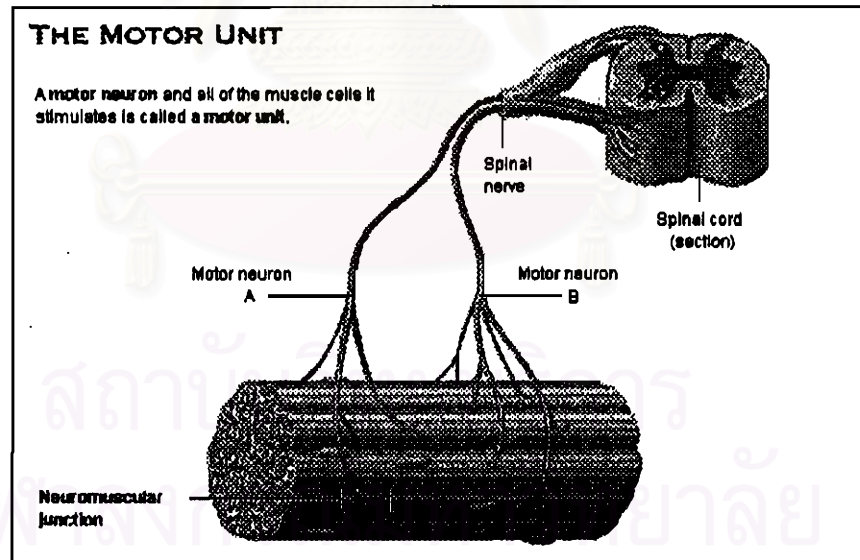
1. กล้ามเนื้อทำงานได้อำนาจจิตใจ (Voluntary muscle) ซึ่งสามารถควบคุมได้โดยสมอง ส่วนสั่งการ (motor area) ส่งคำสั่งลงมาควบคุม ส่วนมากเป็นการทำงานของกล้ามเนื้อลาย ตัวอย่างเช่น กล้ามเนื้อตำแหน่งไบเซ็ปส์ (Biceps) ที่ต้นแขนเป็นต้น
2. กล้ามเนื้อทำงานนอกอำนาจจิตใจ (involuntary muscle) ซึ่งไม่สามารถควบคุมได้ ได้แก่การทำงานของกล้ามเนื้อเรียบและกล้ามเนื้อหัวใจ ซึ่งควบคุมการทำงานโดยระบบประสาทอัตโนมัติ (autonomic nervous system) การทำงานของกล้ามเนื้อลายบางครั้งก็อยู่นอกอำนาจจิตใจ เช่น การตอบสนองแบบรีเฟล็กซ์ (reflex)

เส้นประสาทของกล้ามเนื้อที่ส่งสัญญาณมาควบคุมกล้ามเนื้อจัดอยู่ในระบบประสาทส่วนกลาง (central nervous system) ซึ่งประกอบด้วยสมอง ไขสันหลัง (spinal cord) และเส้นใย

ประสาทรอบนอก ( peripheral nerves fiber ) โดยจะทำหน้าที่ส่งประสาทความรู้สึก ( sensory information ) ไปยังสมอง หรือ ไขสันหลัง และเส้นใยประสาทที่ส่งข้อมูลจากสมองหรือ กระดู กสันหลังไปยังกล้ามเนื้อ[18]

กล้ามเนื้อมัดหนึ่งประกอบด้วยมอเตอร์ยูนิต( motor unit ) จำนวนมาก รูปที่ 2.2 แสดง มอเตอร์ยูนิต ซึ่งประกอบด้วยเซลล์กล้ามเนื้อ และประสาทสั่งการ( motor neuron ) จากรูปจะเห็น ว่ามีเส้นประสาทสั่งการ 2 เส้น ซึ่งแต่ละเส้นก็จะต่ออยู่กับเซลล์กล้ามเนื้อคนละชุดที่ทำงานอิสระต่อกัน และจะทำงานพร้อมกันเมื่อต้องการการหดตัวของกล้ามเนื้อสูง ในกล้ามเนื้อมัดหนึ่งๆจะมี จำนวนของประสาทสั่งการมากขึ้นอยู่กับชนิดหรือประเภทการใช้งานของกล้ามเนื้อนั้นๆ จุด เชื่อมต่อระหว่างเซลล์กล้ามเนื้อแต่ละเซลล์กับเส้นประสาทสั่งการ เรียกว่า neuromuscular junction ( รูปที่ 2.3 ) ส่วนปลายสุดของ Axon( motor neuron ) เรียกว่า Axon terminal ประกอบด้วย Synaptic vesicles ภายใน Synaptic vesicles ก็จะมี acetylcholine อยู่ ส่วนของ Axon กับเซลล์กล้ามเนื้อ นั้นไม่ได้สัมผัสกันโดยตรง แต่ถูกชั้นด้วย Synaptic Cleft ส่วนประกอบที่สำคัญอื่นได้แก่

- Sarcolemma เป็นเซลล์เมมเบรนของเซลล์กล้ามเนื้อ และส่วนของ Sarcolemma ที่เชื่อมต่อกับ Axon เรียกว่า Motor end plate T-tubule คือส่วนของ Sarcolemma ที่ยื่นเป็นช่องเล็กๆฝังเข้าไปในเซลล์ กล้ามเนื้อ



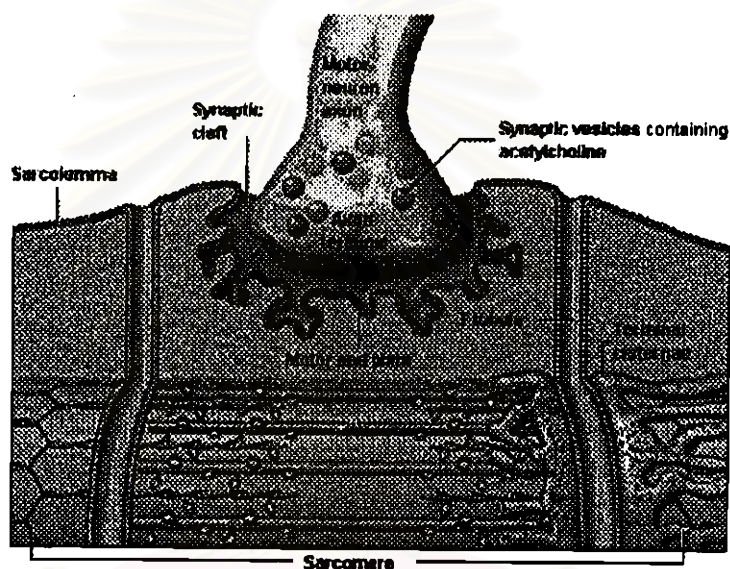
รูปที่ 2.2 มอเตอร์ยูนิต

กลไกการทำงานของกล้ามเนื้อสามารถอธิบายได้ดังนี้

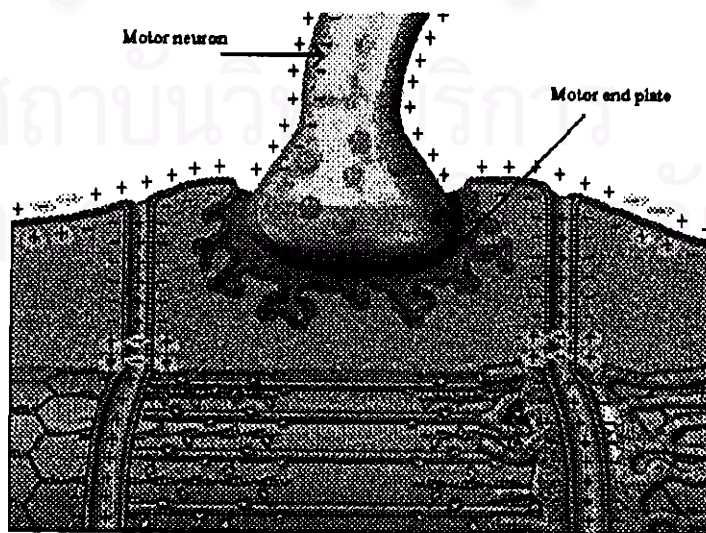
เมื่อศักย์ไฟฟ้าไวนงานเดินทางมาถึง Axon terminal จะทำให้ Voltage-regulated calcium channel เปิด ทำให้แคลเซียมไอออน( $Ca^{2+}$ ) ผ่านเข้าไปใน Axon terminal ได้ ซึ่งแคลเซียมไอออนก็จะไปทำให้ Synaptic vesicle ไปเกาะที่เมมเบรนของ Axon terminal ปลดปล่อย neurotransmitter อันได้

แก๊ acetylcholine ที่อยู่ใน vesicle เพื่อส่งเข้าไปใน Synaptic Cleft โดยแคลเซียมไอออนจะถูกปั๊มออกนอก Axon terminal ตัว Acetylcholine ก็จะไปทำให้ ion channel เปิด เป็นผลให้โซเดียมไอออนไหลเข้ามาด้วยอัตราที่มากกว่าโปแตสเซียมไอออนที่ไหลออก การแลกเปลี่ยนไอออนนี้ทำให้เกิดการดีโพลาไรซ์ ของ motor end plate หลังจากนั้นไม่นาน ion channel ก็จะถูกปิดลง

การเกิดดีโพลาไรซ์ ที่ motor end plate ทำให้เกิดศักย์ไฟฟ้าไวงาน ซึ่งจะเคลื่อนที่ผ่านไปตาม Sarcolemma และผ่าน T-tubules ไปตลอดเซลล์กล้ามเนื้อ( รูปที่ 2.4 ) ทำให้กล้ามเนื้อเกิดการหดตัว



รูปที่ 2.3 ส่วนประกอบต่างๆของ Neuromuscular junction



รูปที่ 2.4 การเคลื่อนที่ของศักย์ไฟฟ้าไวงาน

กล่าวคือในการส่งงานประสาทมาที่กล้ามเนื้อจะเกิดกระแสไฟฟ้าไหล ( การเคลื่อนที่ของ ศักย์ไฟฟ้าวิ่งมา ) ซึ่งอาจจะมาจาก spinal cord หรือ สมอง ผ่านเส้นประสาทสั่งการ มากระตุ้นที่ motor end plate ถ้าค่าศักย์ไฟฟ้าที่เข้ามามีค่ามากกว่าค่า threshold ก็จะเกิดการนำกระแสไฟฟ้าขึ้นไป ตลอดเซลล์กล้ามเนื้อทำให้เกิดการหดตัวของกล้ามเนื้อ รูปที่ 2.4 แสดงส่วน neuromuscular junction ที่กระแสไฟฟ้ากำลังเคลื่อนที่ไปตามเซลล์กล้ามเนื้อ ซึ่งแต่ละเซลล์กล้ามเนื้อก็จะตอบสนองกับกระแสไฟฟ้าไม่เหมือนกัน ดังนั้นในการเกร็งแขนหนึ่งครั้งจะให้ผลของศักย์ไฟฟ้าที่เกิดขึ้นในแต่ละเซลล์แตกต่างกันไป

โดยทั่วไปขนาดของสัญญาณกล้ามเนื้อจะมีขนาดค่าประมาณ 0.1mV-0.5mV โดยมีความถี่อยู่ในช่วง 5-2000 Hz ดังนั้นในการวัดสัญญาณกล้ามเนื้อจึงจำเป็นจะต้องออกแบบวงจรขยายสัญญาณให้มีอัตราขยายสูงพอที่จะนำเอาไปใช้งานได้ นอกจากนี้จำเป็นจะต้องออกแบบวงจรกรองเพื่อตัดสัญญาณรบกวนที่มีความถี่ต่ำกว่า 5 Hz และสูงกว่า 2000 Hz ออกไป

### 2.3 อิเล็กโทรด

ในการวัดสัญญาณไฟฟ้ากล้ามเนื้อสามารถทำได้โดยใช้อิเล็กโทรด อิเล็กโทรดที่ใช้เป็นแบบผิวสัมผัสชนิดที่ติดลงบนผิวหนัง สัญญาณที่วัดได้จึงเป็นสัญญาณของกลุ่มของเซลล์กล้ามเนื้อบริเวณที่สัมผัสกับอิเล็กโทรด หรือกล่าวคือเป็นผลรวมของสัญญาณไฟฟ้าในบริเวณนั้น

การวัดสัญญาณนั้นสามารถทำได้โดยการใช้ขั้วอิเล็กโทรด ดังมีหลักการวัดดังต่อไปนี้

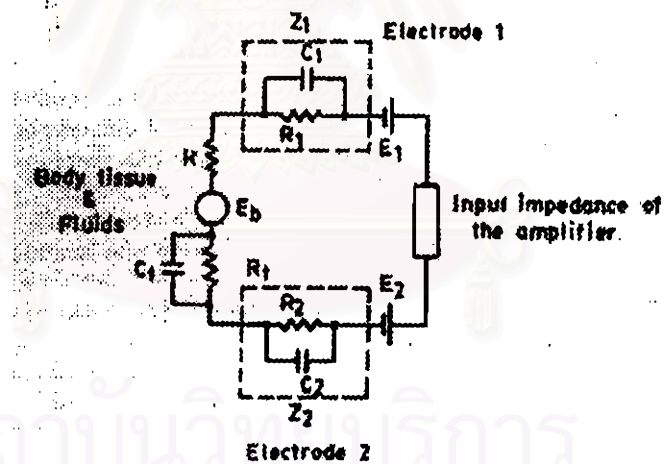
ถ้าเกิดเราใส่แรงดันต่ำๆเข้าที่ขั้วอิเล็กโทรด 2 ขั้วในสารละลาย จะเกิดการเปลี่ยนแปลงขึ้นในชั้น electrical double layers และอาจเกิดการไหลของกระแสขึ้นหรือไม่เกิดก็เป็นได้ขึ้นอยู่กับชนิดของโลหะที่ใช้ทำอิเล็กโทรด การที่เกิดกระแสไหลน้อยๆในช่วงแรกที่ใส่สนามไฟฟ้าเข้ามา และเกิดการเปลี่ยนแปลงของ electrical double layer ชั่วครู่ แสดงถึงความต้านทานที่สูงซึ่งอิเล็กโทรดแบบนี้จะเป็นอิเล็กโทรดแบบโพลาไรซ์ ไม่สามารถนำมาใช้วัดศักย์ไฟฟ้าคงตัวหรือศักย์ไฟฟ้าที่มีการเปลี่ยนแปลงน้อยๆได้ ดังนั้นจึงจำเป็นที่ต้องใช้อิเล็กโทรดที่ขอมให้เกิดการไหลของประจุไฟฟ้า เมื่อมีการใส่สนามไฟฟ้าเข้ามาที่ขั้วของอิเล็กโทรด เราเรียกอิเล็กโทรดแบบนี้ว่า อิเล็กโทรดแบบไม่โพลาไรซ์ ( nonpolarizable ) ซึ่งจะมีความต้านทานต่ำ

ดังนั้นลักษณะสำคัญที่จำเป็นของอิเล็กโทรดในการวัดสัญญาณทางชีวภาพ ก็คือคุณสมบัติการไม่โพลาไรซ์ หมายความว่าศักย์ไฟฟ้าอิเล็กโทรดต้องไม่เปลี่ยนแปลงแม้ว่าจะมีกระแสไหลผ่านซึ่งอิเล็กโทรดที่มีคุณสมบัติที่ใช้วัดสัญญาณทางด้านชีวภาพ หรือในที่นี้ก็คือสัญญาณกล้ามเนื้อ ที่นิยมใช้ได้แก่ ซิลเวอร์-ซิลเวอร์คลอไรด์ ( Ag-AgCl ) ซิลเวอร์-ซิลเวอร์คลอไรด์เป็นอิเล็กโทรดที่ไม่ทำให้เกิดความเป็นพิษ หรือระคายเคืองต่อผิวหนัง และเป็นอิเล็กโทรดมาตรฐานทั่วไปในการวัด

ซึ่งแตกต่างกับอิเล็กโทรดแบบ Zn-ZnSO<sub>4</sub> ที่ถึงแม้จะมีคุณสมบัติการมี offset ต่ำ แต่มีความเป็นพิษต่อผิวหนังสูง ซิลเวอร์-ซิลเวอร์คลอไรด์จึงเป็นอิเล็กโทรดที่เหมาะสมในทางการแพทย์ ด้วยข้อได้เปรียบทางด้านเสถียรภาพของอิเล็กโทรดเมื่อใช้งานไปนานๆ [19]

อิเล็กโทรดที่ใช้ในงานวิจัยนี้เป็นอิเล็กโทรดแบบผิวสัมผัส คือใช้ติดกับผิวหนังของกล้ามเนื้อส่วนที่ต้องการจะวัด โดยการประมาณให้ผิวหนังทำหน้าที่เป็นไดอะแฟรมกั้นระหว่างสารละลาย 2 อันที่มีความเข้มข้นของไอออนที่ต่างกัน ทำให้เกิดความต่างศักย์ไฟฟ้าเป็นไปตามสมการของ Nernst โดยจะได้วงจรสมมูลดังแสดงในรูปที่ 2.5 คือมีแหล่งกำเนิดแรงดันต่ออนุกรมกับตัวต้านทาน และตัวเก็บประจุที่ต่อขนานกันอยู่ ตัวเก็บประจุจะแทนประจุที่เกิดขึ้นที่รอยต่อ ขณะที่ตัวต้านทานแสดงการแพร่ซึมของไอออนข้ามรอยต่อ[19]

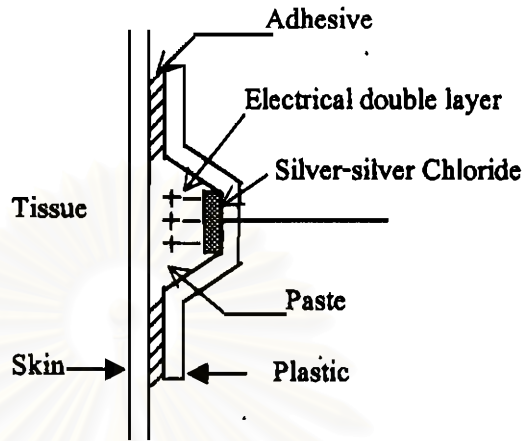
จากรูปที่ 2.5 จะเห็นได้ว่าแรงดันที่เราวัดได้แบ่งเป็น 2 ส่วนใหญ่ๆ ด้วยกัน หนึ่ง คือ ศักย์ไฟฟ้าสัมผัส ( contact potential ) ซึ่งก็คือ  $E_1$  และ  $E_2$  กับสัญญาณไฟฟ้าจากร่างกายที่เราสนใจ ( $E_b$ ) ซึ่งถ้าเกิดศักย์ไฟฟ้าสัมผัสมากเกินไปก็จะไม่ดี ศักย์ไฟฟ้าสัมผัสนี้จะขึ้นกับชนิดของผิวหนัง การเตรียมผิวหนัง และ ชนิดของอิเล็กโทรดไลท์



รูปที่ 2.5 วงจรสมมูลของอิเล็กโทรดในการวัดสัญญาณกล้ามเนื้อ

ในงานวิจัยนี้จะใช้อิเล็กโทรดชนิด Ag-AgCl เนื่องจากเป็นแบบไม่โพลาไรซ์ ( non-polarized ) ซึ่งจะมีอิมพีแดนซ์ที่ต่ำกว่าแบบโพลาไรซ์ และให้เสถียรภาพที่ดีกว่า ลักษณะของอิเล็กโทรดที่ใช้เป็นอิเล็กโทรดแบบผิวสัมผัสเพื่อง่ายต่อการวัด และเหมาะในการนำไปใช้งานจริง ซึ่งในการใช้งานจะใช้เจลช่วยลดความต้านทาน ( $R_1$  และ  $R_2$  ในรูปที่ 2.5 ) ระหว่างผิวหนังกับอิเล็กโทรด

ด้วย นอกจากนี้ก่อนที่จะทำการติดอิเล็กโทรดต้องทำความสะอาดด้วยการขูดผิวเบาๆ และเช็ดด้วยแอลกอฮอล์ล้างแผล รูปที่ 2.6 แสดงอิเล็กโทรดแบบ Ag-AgCl ที่ใช้ในการวัดสัญญาณกล้ามเนื้อ



รูปที่ 2.6 อิเล็กโทรดแบบ Ag-AgCl [18]

สถาบันวิทยบริการ  
จุฬาลงกรณ์มหาวิทยาลัย