

การกระตุ้นด้วยกระแสไฟตรงศักย์สูง

การใช้กระแสไฟตรงศักย์สูง (high voltage current) กระตุ้นเพื่อการรักษานั้นมีมากกว่า 35 ปีแล้ว ซึ่งพบหลักฐานสำคัญ คือรายงานการใช้กระแสไฟตรงศักย์สูงในทศวรรษที่ 1950 คุณสมบัติเฉพาะของกระแสไฟตรงศักย์สูง คือ เป็นกระแสไฟตรงชนิดเฟสเดียว (monophasic) ที่มีความต่างศักย์สูงถึง 200-500 โวลต์ มีจุดยอดของกระแส (peak current) สูงสุดถึง 2,500 มิลลิแอมแปร์ ช่วงการกระตุ้นสั้นมาก ประมาณ 5-75 ไมโครวินาที (0.005-0.075 มิลลิวินาที) ทำให้การเรียกชื่อกระแสชนิดนี้ต่างกันไป เช่น high voltage pulsed direct current (HVDC) หรือ high voltage monophasic pulsed current (HVPC) เป็นต้น นอกจากนี้ ในหนังสือบางเล่มอาจจัดกระแสไฟตรงศักย์สูงอยู่ในกลุ่มของ high frequency TENS เนื่องจากกระแสไฟชนิดนี้มีช่วงการกระตุ้นซึ่งสั้นมาก ถึงแม้การเรียกชื่อของกระแสไฟจะแตกต่างกัน ก็มีใช้ในปัจจุบันสำคัญ ผู้ใช้ควรสนใจคุณสมบัติ

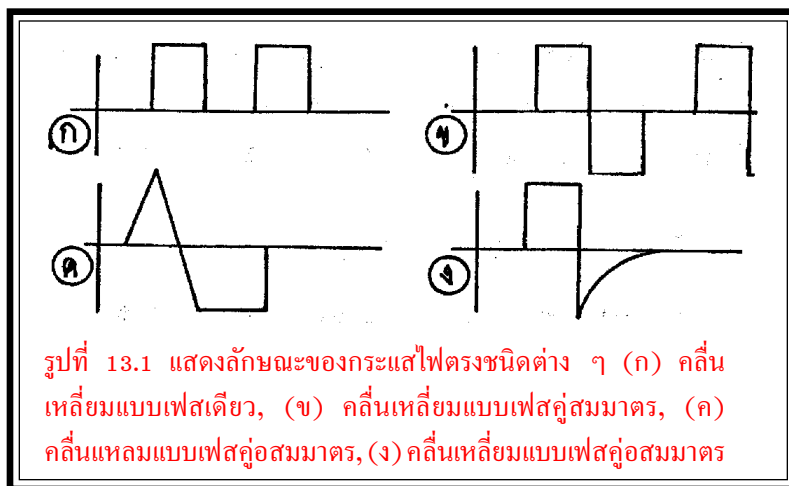
เฉพาะของกระแสไฟต่อผลทางสรีรวิทยา และผลทาง คลินิกมากกว่า

1. คุณสมบัติเฉพาะของกระแสไฟตรงศักย์สูง ⁽¹⁻³⁾

เนื่องจากกระแสไฟตรงศักย์สูง มีศักย์ไฟฟ้ากระตุ้นสูงมาก ดังนั้นช่วงการกระตุ้นของกระแสจึงถูกสร้างให้มีช่วงแคบมาก (ทำให้ปริมาณกระแสเฉลี่ยอยู่ในช่วงที่ปลอดภัย) และมักไม่มีปุ่มสำหรับปรับช่วงการกระตุ้นเหมือนเครื่องกระตุ้นชนิดอื่น ๆ แต่ยังคงมีปุ่มปรับช่วงปล่อยไฟเป็นชุด ๆ อย่างไรก็ตาม คุณสมบัติเฉพาะของกระแสดังนี้ที่แตกต่างจากกระแสไฟตรงชนิดอื่น ๆ พอสรุปได้ดังนี้

1.1 ลักษณะรูปคลื่นของกระแส

คลื่นของกระแสไฟในที่นี่จะหมายถึง ชนิดหรือลักษณะของกระแสไฟฟ้า ซึ่งถูกปล่อยออกจากเครื่องกระตุ้น สามารถตรวจสอบได้โดยเครื่องวัดสัญญาณไฟฟ้า (oscilloscope) โดยทั่วไปจะแบ่งออกเป็น 3 ลักษณะคือ กระแสที่มีช่วงการกระตุ้นเฟสเดียว (monophasic pulse) กระแสที่มีช่วงกระตุ้นเฟสคู่ (biphasic pulse) และกระแสที่มีช่วงกระตุ้นหลายเฟส (polyphasic pulses) (ดูบทที่ 2) ในทางคลินิกการกระตุ้นด้วยกระแสไฟเพื่อการรักษามักใช้กระแสที่มีช่วงกระตุ้นเฟสเดียว และกระแสที่มีช่วงกระตุ้นเฟสคู่ ซึ่งกระแสทั้งสองชนิดมีผลในการกระตุ้นเนื้อเยื่อประสาท และกล้ามเนื้อซึ่งไวต่อตัวกระตุ้น (excitable tissue) กระแสที่มีช่วงกระตุ้นเฟสคู่ นั้นมีทั้งชนิดที่มีเฟสสมมาตร (symmetrical phase) ซึ่งผลรวมทางไฟฟ้าของเฟสจะหักล้างกันหมด (zero net charge) และกระแสเฟสคู่ชนิดเฟสสมมาตร



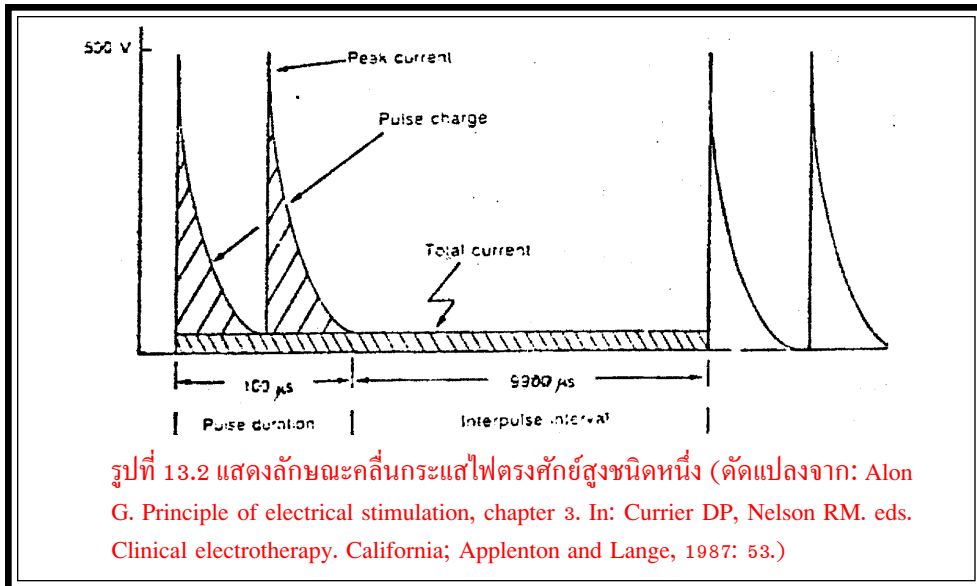
(asymmetrical phase) ซึ่งผลรวมทางไฟฟ้าจะหักล้างไม่หมด (non zero net charge) ดังรูปที่ 13.1

กระแสไฟชนิดเฟสสมมาตรนั้น ภายหลังจากกระตุ้นเส้นประสาท และกล้ามเนื้อแล้ว จะไม่มีการหลงเหลือประจุไว้ในเนื้อเยื่อ ซึ่งต่างกับกระแสเฟสคู่ชนิดเฟสสมมาตร และกระแสชนิดเฟสเดี่ยว กล่าวคือ ภายหลังจากกระตุ้นแล้วจะมีประจุเหลืออยู่ในเนื้อเยื่อ ถึงแม้ว่าประจุที่อยู่ในเนื้อเยื่อนั้น จะมีปริมาณน้อย และถูกทำให้เกิดความเป็นกลาง (neutralized) โดยระบบภาวะธำรงดุล (homeostasis) ของร่างกาย แต่มีหลักฐานพอสรุปได้ว่า ปริมาณประจุที่หลงเหลือจากการกระตุ้นของกระแสในเนื้อเยื่อนี้ เป็นปัจจัยสำคัญในการช่วยกระตุ้นให้เกิดกระบวนการซ่อมสร้างเนื้อเยื่อ และกระดูกอีกด้วย (ดูบทที่ 15) ลักษณะเฉพาะของกระแสที่สร้างจากเครื่องกระตุ้นไฟฟ้ากระแสตรงศักย์สูงนั้น จะมีช่วงกระตุ้นเป็นแบบเฟสเดี่ยว ชนิดยอดเดี่ยว หรือชนิดยอดคู่ (monophasic double peak) ซึ่งเป็นลักษณะเฉพาะซึ่งสร้างจากเครื่องกระตุ้นไฟฟ้าศักย์สูงรุ่น Intellect 500^(R) ดังนั้น กระแสตรงศักย์สูง

นอกจากจะกระตุ้นเพื่อให้เกิดการหดตัวของกล้ามเนื้อแล้ว ยังสามารถกระตุ้นให้เกิดการซ่อมแซมของกระดูก และเนื้อเยื่ออีกด้วย ลักษณะเฉพาะของกระแสตรงสัณยศาสตร์สูงทั้งขอดเดี่ยวและขอดคู่จะมีคุณสมบัติพิเศษ คือ จะช่วยลดการระคายเคืองที่ผิวหนังจากผล ปฏิกริยาเคมีได้ชั่วกระตุ้น เนื่องจากมีช่วงการกระตุ้นสั้นมากนั่นเอง

1.2 จุดยอดของกระแส (peak current)

จุดยอดของกระแสจะหมายถึง ขนาดสูงสุดของความเข้ม หรือความแรงของกระแสไฟฟ้าในแต่ละช่วงการกระตุ้น ซึ่งจะสัมพันธ์โดยตรงกับวลัที่กระแสไฟเข้าไปในเนื้อเยื่อ กล่าวคือ ถ้าเพิ่มขนาดของจุดยอดของกระแสจะสามารถกระตุ้นเนื้อเยื่อได้ดีกว่า (ดูบทที่ 6) และเกิดการนำไฟฟ้าได้นานกว่า ทำให้สามารถกระตุ้นกล้ามเนื้อ และไขประสาทที่อยู่ลึกๆ ให้เกิดการตอบสนองได้มากกว่า นอกจากนี้ ปริมาณกระแสที่เข้าไปในเนื้อเยื่อนั้น หาก



ถูกขวางกั้นด้วยกระดูก กระแสจะไม่สามารถทะลุผ่านได้ แต่จะวิ่งวนรอบกระดูกที่ ขวางกั้นนั้น ดังนั้น การวางขั้วกระตุ้นไฟฟ้าบริเวณที่มีกระดูกอยู่ด้าน ๆ กระแสจะไม่สามารถผ่านลงไปได้อีก แม้ว่าจะใช้จุดยอดกระแสสูง ๆ ก็ตาม

ลักษณะเฉพาะของกระแสไฟตรงศักย์สูง จะมีศักย์ไฟฟ้าสูงถึง 200-500 โวลต์ และจุดยอดกระแส 2,500 มิลลิแอมแปร์ ซึ่งมากกว่ากระแสความถี่ต่ำทั่วไปถึง 25 เท่า และยังสามารถใช้กระตุ้นเนื้อเยื่อของผู้ป่วยได้อย่างปลอดภัย เพราะช่วงกระตุ้นของกระแสตรงศักย์สูงนั้น สั้นมากนั่นเอง (5-75 ไมโครวินาที) ช่วงกระตุ้นของกระแสชนิดนี้ จะสั้นกว่าช่วงกระตุ้นของกระแสความถี่ต่ำทั่วไปถึง 1,000 เท่า ดังนั้นเครื่องกระตุ้นไฟฟ้าศักย์สูง ที่ให้กระแสไฟศักย์สูงช่วงกระตุ้น หนึ่ง ๆ นั้น ถึงแม้จะมีจุดยอดของกระแสที่สูงมาก (มากกว่า 2,500 มิลลิแอมแปร์) แต่มิได้หมายความว่า จะมีขนาดของกระแสเฉลี่ยสูงตามไปด้วย กระแสเฉลี่ยของกระแสตรงศักย์สูงจะมีค่าเฉลี่ยน้อยกว่า 2.0 มิลลิแอมแปร์ ซึ่งกระแสเฉลี่ยดังกล่าวจะไม่เป็นอันตรายต่อร่างกาย (รูปที่ 13.2)

1.3 ช่วงการกระตุ้น (pulse duration)

ช่วงการกระตุ้นของกระแสไฟฟ้าหมายถึง ระยะเวลาของกระแสไฟฟ้าที่สามารถกระตุ้นเนื้อเยื่อที่ไวต่อตัวกระตุ้น ผลของการตอบสนองของเนื้อเยื่อแต่ละชนิดต่อช่วงกระตุ้นนั้นแตกต่างกันออกไปขึ้นอยู่กับ threshold และชนิดของเนื้อเยื่อแต่ละชนิดนั้น เช่น กล้ามเนื้อจะตอบสนองต่อกระแสไฟที่มีช่วงกระตุ้นที่ยาวกว่าเส้นประสาทยนต์ และเส้นประสาทรับความรู้สึก จะตอบสนองต่อกระแสไฟที่มีช่วงกระตุ้นสั้นกว่าเส้นประสาทยนต์ ดังได้กล่าวมาแล้ว (ดูบทที่ 10) ซึ่งช่วงกระตุ้นนั้นสามารถแบ่งได้เป็นช่วงกระตุ้นสั้น ประมาณ 2-150 ไมโครวินาที จัดเป็นกลุ่มกระแสตรงศักย์สูง และ

ส่วนช่วงกระตุ้นที่ยาว ประมาณมากกว่า 200 ไมโครวินาที จัดอยู่ในกลุ่มของกระแสตรงชนิดเป็น ช่วงๆ (IDC) ซึ่งใช้กระตุ้นกล้ามเนื้อดังกล่าวมาแล้ว (ดูบทที่ 6) เครื่องกระตุ้น ไฟฟ้าศัลยกรรมจะสร้างกระแสที่มีช่วงกระตุ้นสั้นมาก (5-75 ไมโครวินาที) และมีช่วงพักที่ยาว ดังนั้นในทางคลินิกการใช้กระแสตรงศัลยกรรมมีข้อได้เปรียบในแง่ที่สามารถใช้กระตุ้นได้เป็นเวลานาน โดยไม่เกิดผลแทรกซ้อนจากปฏิกิริยาได้ชั่ว⁽⁴⁾ แต่อาจจะมีข้อเสียเปรียบอยู่บ้าง เนื่องจากช่วงกระตุ้นที่สั้นมาก จึงทำให้ไม่สามารถกระตุ้นกล้ามเนื้อที่ขาดประสาทมาเลี้ยง

1.4 อัตราของช่วงกระตุ้น (pulse rate)

อัตราของช่วงกระตุ้นหมายถึง จำนวนชุดของช่วงการกระตุ้นของกระแส ซึ่งสร้างจากเครื่องกระตุ้นไฟฟ้าต่อ 1 วินาที (ดูบทที่ 7) ในทางสรีรวิทยา อัตราการกระตุ้นมีผลต่อการหดตัวของเนื้อเยื่อ เช่น ถ้ากระตุ้นเพื่อให้กล้ามเนื้อหดตัวโดยใช้อัตราการกระตุ้น 1-15 ครั้ง/วินาที กล้ามเนื้อจะเป็นลักษณะกระตุกเป็นจังหวะ ถ้าจำนวนของช่วงการกระตุ้นมากกว่า 15 ครั้ง/วินาที กล้ามเนื้อจะเริ่มหดตัวแบบเตตานิก และกระตุ้นด้วยกระแสซึ่งมีช่วงการกระตุ้นมากกว่า 20-40 ครั้ง/วินาที กล้ามเนื้อจะตอบสนองในลักษณะเกร็งและเกิดภาวะเพลี่ยถ้าร่วมด้วย แต่ถ้าใช้กระแสซึ่งมีช่วงการกระตุ้นมากกว่า 80 ครั้ง/วินาที กล้ามเนื้อที่ถูกกระตุ้นจะตอบสนองแบบเกร็ง และเกิดภาวะเพลี่ยถ้าอย่างรวดเร็วเพียง 1-2 นาที ภายหลังการหดตัวค้าง

นอกจากอัตราช่วงกระตุ้นแล้ว สัดส่วนของเวลาพักและเวลากระตุ้นก็เป็นปัจจัยสำคัญต่อการหดตัวไม่น้อย ถ้าปรับเวลากระตุ้นนาน 5 วินาที และเวลาพักนาน 5 วินาที ซึ่งเป็นอัตราส่วน 1:1 ที่อัตราการกระตุ้น 100 ครั้ง/

วินาที เปรียบเทียบกับกระแส IDC ที่มีช่วงกระตุ้นอย่างต่อเนื่อง (continuous IDC) โดยใช้เวลาระตุ้นเท่ากัน กล้ามเนื้ออาจจะตอบสนองต่อกระแสชนิดแรก ในลักษณะที่เกิดภาวะเพ็ลี่ยล้าช้ากว่าแบบหลัง และถ้าปรับอัตราส่วนของชุดที่กระตุ้นเป็น 1-15 วินาที และเวลาพัก 45-60 วินาที ซึ่งเป็นอัตราส่วน 1:3-4 กล้ามเนื้อจะเกิดการหดตัวแบบเกร็ง โดยไม่มีภาวะเพ็ลี่ยล้า ถึงแม้จะใช้กระแส มากกว่า 100 ครั้ง/วินาที

ในทางคลินิก อัตราการกระตุ้นมีบทบาทสำคัญมากในการรักษาผู้ป่วยแต่ละราย ตัวอย่างเช่น การกระตุ้นเพื่อฝึกการทำงานของกล้ามเนื้อ ควรให้กระแสซึ่งมีสัดส่วน 1:3-4 และมีอัตราของช่วงกระตุ้น 10-20 ครั้ง/วินาที ซึ่งสามารถฝึกให้กล้ามเนื้อทำงานโดยไม่เกิดภาวะเพ็ลี่ยล้า ในทางตรงกันข้าม ผู้ป่วยที่มีการหดเกร็งของกล้ามเนื้อเนื่องจากข้อต่อได้รับบาดเจ็บ (muscle spasm) การกระตุ้นไฟฟ้าเพื่อหวังผลการผ่อนคลายกล้ามเนื้อ ควรใช้อัตราการกระตุ้น ค่อนข้างมาก หรืออาจใช้กระแสนิดช่วงการกระตุ้นเป็นจังหวะๆต่อเนื่อง เพื่อให้กล้ามเนื้อเกิดการเพ็ลี่ยล้าโดยเร็ว ทั้งนี้ต้องคำนึงถึงความสามารถในการทนต่อกระแสไฟของผู้ป่วยด้วย

1.5 ปริมาณประจุ (phase charge)

ประจุไฟฟ้าในเฟสของกระแส หมายถึงปริมาณของกระแสไฟฟ้า (ปริมาณประจุอิเล็กตรอนใน 1 หน่วยเวลา) ซึ่งปล่อยเข้าไปในเนื้อเยื่อในแต่ละเฟส จากการศึกษาพบว่า ปริมาณประจุไฟฟ้าที่ถูกปล่อยเข้าไปในเนื้อเยื่อ นอกจากจะไปกระตุ้นเนื้อเยื่อที่ไวต่อตัวกระตุ้นแล้ว ยังเป็นปัจจัยหนึ่งที่สำคัญในการทำลายเนื้อเยื่อ และมีส่วนรบกวนระบบไฟฟ้าของหัวใจ ดังนั้นเพื่อความปลอดภัย ผู้กระตุ้นควรตระหนักถึงปริมาณประจุไฟฟ้าซึ่งปล่อย

ออกจากเครื่องกระตุ้นเข้าไปในผู้ป่วยด้วย ปริมาณประจุไฟฟ้านั้น สามารถคำนวณได้จากผลคูณของความต่างศักย์ กับความสามารถในการเก็บประจุของตัวเก็บ ประจุ ดังสมการดังต่อไปนี้

$$Q = VC$$

Q คือปริมาณประจุมีหน่วยเป็นคูลอมบ์

V คือค่าความต่างศักย์ไฟฟ้ามีหน่วยเป็นโวลต์

C คือค่าตัวเก็บประจุมีหน่วยเป็นฟารัด

(1 ฟารัด หมายถึง ความสามารถของตัวเก็บประจุไฟฟ้าที่จะเก็บประจุ 1 โวลต์)

ในทางปฏิบัตินั้น ปริมาณประจุในแต่ละเฟสที่ปล่อยออกจากเครื่องสามารถคำนวณได้จากผลคูณของค่าความต่างศักย์ที่ปล่อยออก กับค่าความจุของวงจรปล่อยออก (circuit output capacitance) ขนาดของปริมาณประจุปล่อยออกที่ปลอดภัยสำหรับพื้นที่ 1 ตารางเซนติเมตร (20 ไมโครคูลอมบ์/เฟส/ชั่วโมง²) กองควบคุมอาหารและยาแห่งประเทศอเมริกาได้กำหนดมาตรฐานของปริมาณประจุที่ใช้ในการรักษา ซึ่งปล่อยออกจากเครื่องกระตุ้นไฟฟ้าไว้ว่าไม่ควรเกิน 25 ไมโครคูลอมบ์

ในใยประสาทแต่ละชนิด จะตอบสนองต่อปริมาณประจุที่กระตุ้นไม่เท่ากัน ใยประสาทขนาดใหญ่ถูกดีโพลาไรส์ (depolarized) ด้วยปริมาณประจุที่น้อยๆได้ง่ายกว่าใยประสาทที่มีขนาดเล็ก กระแสที่มีช่วงกระตุ้นแบบเฟสเดียวซึ่งจะให้ประจุเพียงเฟสเดียวนั้น ผลรวมประจุเชิงปริมาณ (ไม่คำนึงถึงเครื่องหมายและชนิดของประจุ) และผลรวมเชิงเวกเตอร์ (คิดเครื่องหมาย

ประจุ) จะเท่ากันและมากกว่า 0 (ศูนย์) เสมอ ซึ่งประจุเหล่านี้จะมีการสะสมอยู่ในเนื้อเยื่อ และจะเป็นปัจจัยสำคัญในการกระตุ้นให้เกิดการช่วยสร้างเนื้อเยื่อโดยเฉพาะกระดูก ในกระแสไฟฟ้าที่มีช่วงกระตุ้นชนิดเฟสคู่ ผลรวมเชิงปริมาณในแต่ละช่วงกระตุ้น จะมีปริมาณประจุมากกว่ากระแสชนิดแรก แต่ผลรวมประจุเชิงเวกเตอร์ซึ่งคิดเครื่องหมายร่วมด้วย อาจจะเท่าหรือไม่เท่ากับ 0 ก็ได้ โดยเฉพาะกระแสที่มีช่วงกระตุ้นชนิดเฟสคู่สมมาตร จะทำให้ปริมาณประจุเป็น 2 เท่า ในแต่ละเฟส แต่มีผลรวมของประจุเป็น 0 เป็นต้น

กระแสไฟฟ้าสรีรวิทยาซึ่งใช้ในคลินิก เป็นกระแสที่มีช่วงกระตุ้นเฟสเดียว ขณะกระตุ้นจะมีการสะสมประจุในเนื้อเยื่อ ซึ่งประจุที่สะสมนี้จะถูกทำให้เป็นกลาง โดยระบบชั่งดุลของร่างกาย (homeostasis) รอบๆเซลล์ที่ถูกกระตุ้น ซึ่งปริมาณประจุเหล่านี้ เป็นปัจจัยสำคัญในการกระตุ้นการซ่อมสร้างเนื้อเยื่อ (ดูบทที่ 15) ดังนั้น ในผู้ป่วยที่มีแผลเรื้อรัง, กระดูกติดช้า อาจใช้กระแสชนิดนี้ในการรักษา นอกจากนี้ การศึกษาในระยะหลังยังพบว่าผลของขั้วประจุไฟฟ้า ยังสามารถทำลายแบคทีเรียบางชนิดอีกด้วย

2. หลักการวางขั้วไฟฟ้า

หลักการวางขั้วไฟฟ้าของเครื่องกระตุ้นกระแสสรีรวิทยานั้น ไม่แตกต่างจากการวางขั้วกระตุ้นไฟฟ้าความถี่ต่ำชนิดอื่น ๆ กล่าวคือ จะต้องพิจารณาจุดประสงค์ของการกระตุ้น เช่น กรณีที่ต้องการกระตุ้นกล้ามเนื้อเพื่อเพิ่มความแข็งแรงเพื่อลดอาการเกร็ง หรือเพื่อเพิ่มองศาการเคลื่อนไหวนั้น ซึ่งอาจเลือกใช้เทคนิคการกระตุ้นแบบ bipolar หรือใช้ขั้วกระตุ้นมือถือก็ได้ โดยให้ขั้วกระตุ้นอยู่ตรงกับตำแหน่งจุดมอเตอร์ของกล้ามเนื้อที่ถูกกระตุ้น

ในกรณีที่ต้องการกระตุ้นเพื่อระงับอาการเจ็บปวด มักนิยมใช้เทคนิค bipolar โดยวางขั้วไฟฟ้าบริเวณจุดจำเพาะ dermatome, จุดกดเจ็บ และจุดฝังเข็ม ดังได้กล่าวมาแล้ว (ดูบทที่ 10)

3. การใช้กระแสไฟฟ้าศักย์สูงทางคลินิก ⁽⁵⁾

เนื่องจากกระแสไฟตรงศักย์สูงมีลักษณะเฉพาะคือ ช่วงกระตุ้นสั้นมาก จุดยอดของกระแสมีศักย์ไฟฟ้าสูง ดังนั้น จึงสามารถกระตุ้นใยประสาทรับความรู้สึก และใยประสาทยนต์ได้ดีกว่าใยประสาทรับความรู้สึกเจ็บปวด โดยไม่เกิดปฏิกิริยาโต้สู้ไฟฟ้า ผู้ถูกกระตุ้นจะรู้สึกสบาย และสามารถกระตุ้นได้นานหลายชั่วโมงติดต่อกัน

3.1 ใช้ระงับความเจ็บปวด

ความรู้สึกเจ็บปวดนั้นเป็นความรู้สึกไม่สบาย สาเหตุของความเจ็บปวด อาจเนื่องมาจากการได้รับบาดเจ็บของเนื้อเยื่อจากอุบัติเหตุ การอักเสบ หรือจากการทำผ่าตัด กระแสไฟตรงศักย์สูง ซึ่งมีช่วงกระตุ้นสั้นมากจึงสามารถใช้กระตุ้นใยประสาทรับความรู้สึกขนาดใหญ่ เพื่อไประงับใยประสาทรับความรู้สึกเจ็บปวดในการนำความรู้สึกเจ็บปวดสู่สมอง (ทฤษฎี gate control) เช่นเดียวกับกระแส TENS ดังได้กล่าวมาแล้ว (ดูบทที่ 10)

3.2 เพื่อเพิ่มการเคลื่อนไหวของข้อ

การจำกัดการเคลื่อนไหวของข้อต่อ ทั้งแบบชั่วคราวและถาวร มักเกิดจากการอ่อนแรงของกล้ามเนื้อ การหดรั้งของเนื้อเยื่อพังผืดรอบ ๆ ข้อ และความเจ็บปวดจนทำให้ไม่สามารถเคลื่อนไหวได้ เกิดการพอกพูนของ

หिनปุ่นและสูญเสียการทำงานในที่สุด การใช้กระแสไฟฟ้าสัณสูงมีจุดประสงค์ เพื่อกระตุ้น กล้ามเนื้อให้เกิดการทำงานอย่างมีประสิทธิภาพ และลดความเจ็บปวด เป็นการเพิ่มการไหลเวียนของโลหิต และเพิ่มการดูดกลับของน้ำเหลืองเข้าสู่ระบบการไหลเวียน ทำให้พิสัยการเคลื่อนไหวของข้อเพิ่มขึ้น

3.3 เพื่อลดการหดเกร็งของกล้ามเนื้อ

ปกติการหดเกร็งของกล้ามเนื้อ (muscle spasm) เป็นกลไกป้องกันตัวเองของร่างกาย มักเกิดขึ้นหลังจากได้รับบาดเจ็บ หรือได้รับอันตรายของข้อหรือของกล้ามเนื้อโดยตรง การอักเสบและการเคลื่อนไหวที่ผิดปกติของข้อก็เป็นสาเหตุหนึ่งที่ทำให้เกิดการหดเกร็งของกล้ามเนื้อได้เช่นกัน การหดเกร็งของกล้ามเนื้อนี้จะคงอยู่จนกระทั่ง สาเหตุของการบาดเจ็บถูกขจัดไป เทคนิคการกระตุ้นอาจทำได้โดยให้กล้ามเนื้อที่หดเกร็งนั้น เกิดการผ่อนคลาย ด้วยการกระตุ้นให้เกิดหดตัวจนเพื่อยล้า หรือกระตุ้นเพื่อระงับปวดจนกล้ามเนื้อนั้นเกิดการผ่อนคลาย หรือกระตุ้นให้กล้ามเนื้อกลุ่มทำงาน (agonist) เกิดการหดตัว เพื่อหวังผลการผ่อนคลายของกล้ามเนื้อกลุ่มตรงข้าม (antagonist) เป็นต้น

3.4 เพื่อกระตุ้นกล้ามเนื้อซึ่งลีบจากการไม่ได้ใช้งาน

การลีบเล็กของกล้ามเนื้อจากการไม่ได้ใช้งานนั้นหมายถึง ขนาดและแรงของกล้ามเนื้อนั้นน้อยกว่าปกติ โดยทั่วไปการลีบของกล้ามเนื้อ มักมีสาเหตุจากการไม่ได้ใช้งานของข้อเพราะถูกจำกัดเป็นเวลานาน หรือเนื่องจากระบบประสาทกลาง และระบบประสาทรอบนอกสูญเสียหน้าที่ไป ในกรณีของการลีบที่มีสาเหตุจากระบบประสาทผิดปกติ นั้น กระแสไฟฟ้าตรงสัณสูงมีข้อจำกัด เนื่องจากช่วงกระตุ้นสั้นมาก การตอบสนองของใยประสาทจะเกิดได้ยาก

ส่วนการลึบของกล้ามเนื้อจากการไม่ได้ใช้งานกระแสไฟตรงศักย์สูงสามารถช่วยเพิ่มความแข็งแรงของใยกล้ามเนื้อ เนื่องจากมีส่วนช่วยเพิ่มการทำงานของเอนไซม์ที่ใช้ในการเผาผลาญออกซิเจนในใยกล้ามเนื้อ และระงับความเจ็บปวด ช่วยเพิ่มความสามารถในการทำงานของกล้ามเนื้อได้อย่างมีประสิทธิภาพ โดยเฉพาะในรายที่ทำผ่าตัดย้ายเอ็น เป็นต้น

3.5 ช่วยซ่อมสร้างเนื้อเยื่อที่ได้รับอันตราย

ภาวะปกติเนื้อเยื่อที่ได้รับบาดเจ็บ จะได้รับการซ่อมแซมโดยกระบวนการซ่อมสร้างของร่างกาย มีหลักฐานจากการศึกษาว่า การกระตุ้นไฟฟ้ามีส่วนช่วยเร่งกระบวนการซ่อมสร้างเนื้อเยื่อในชั้นของ dermis และ subdermis (ไม่รวมถึงกล้ามเนื้อ เอ็น และเนื้อเยื่อที่อยู่ลึกกว่านี้) สมมติฐานทางสรีรวิทยา ที่ใช้อธิบายผลที่เกิดขึ้นจากการกระตุ้นคือ อาจเนื่องมาจากการเพิ่มการไหลเวียนเลือด และผลของประจุไฟฟ้ามีส่วนทำลายแบคทีเรีย และกระตุ้นให้เกิดการซ่อมแซมโดยตรง (ดูบทที่ 15)

3.6 ใช้ลดบวม

การบวมหมายถึงการคั่งของน้ำเหลือง โปรตีน และพลาสมาในระบบการไหลเวียนเนื่องจากการได้รับบาดเจ็บของข้อหรืออวัยวะส่วนนั้น เช่น การเคล็ด การอักเสบ การติดเชื้อและการหนีขาดของเอ็นรอบข้อ เป็นต้น ผลการลดบวมจากการกระตุ้นไฟฟ้า อาจเนื่องมาจากการหดตัวของกล้ามเนื้อ ทำให้เกิดการดูดกลับของพลาสมา (pumping effect) ดังกล่าว นอกจากนี้ การศึกษาในปัจจุบันพบว่าผลการกระตุ้นด้วยไฟฟ้า มีส่วนช่วยให้เกิดการเพิ่มปริมาณการดูดกลับของพลาสมาในระบบการไหลเวียนได้โดยตรงอีกด้วย

3.7 เพิ่มการไหลเวียนเลือดรอบนอก

ผู้ป่วยที่มีปัญหาเรื่องระบบการไหลเวียนรอบนอกบกพร่องหรือผิดปกติ เช่น ในรายที่เกิดการขาดเลือดในกล้ามเนื้อ (Volkman's ischemic syndrome) ซึ่งเกิดการคั่งของเลือดที่ส่วนรอบนอก เส้นเลือดขด การกระตุ้นด้วยกระแสไฟฟ้าสักระยะมีส่วนช่วยเพิ่มการไหลเวียนของเลือด เร่งให้มีการฟื้นตัวให้กลับสู่สภาพปกติ กลไกทางสรีรวิทยาอธิบายได้ดังนี้ คือ กระแสไฟตรงสักระยะมีส่วนไปกระตุ้นระบบซิมพาเทติกในส่วนที่อยู่ลึก ซึ่งมีอิทธิพลต่อการทำงานของกล้ามเนื้อเรียบในหลอดเลือดแดง นอกจากนี้ ยังเกิดจากผลการหดตัวเป็นจังหวะของกล้ามเนื้อ ซึ่งเป็นผลทางอ้อมดังกล่าวมาแล้ว

ปฏิบัติการที่ 13 การกระตุ้นด้วยกระแสไฟตรงสักระยะสูง

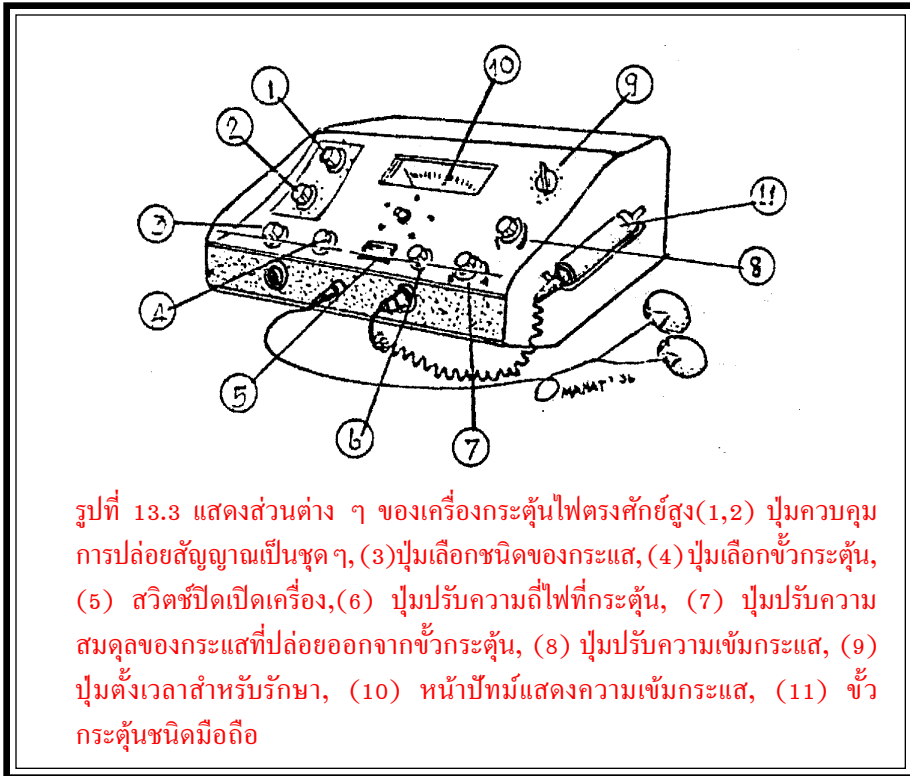
จุดประสงค์

หลังจากปฏิบัติการครั้งนี้แล้วนักศึกษาสามารถ

1. อธิบายลักษณะเฉพาะของกระแสไฟตรงสักระยะสูง
2. อธิบายข้อแตกต่างระหว่างกระแสไฟตรงสักระยะสูง กับกระแสชนิดอื่น ๆ
3. อธิบายข้อบ่งชี้และข้อควรระวังขณะกระตุ้นด้วยกระแสไฟตรงสักระยะสูง
4. แสดงวิธีกระตุ้นด้วยกระแสไฟตรงสักระยะสูง

เครื่องมือและอุปกรณ์

1. เครื่องกระตุ้นไฟฟ้าสักระยะสูง (รูปที่ 13.3)

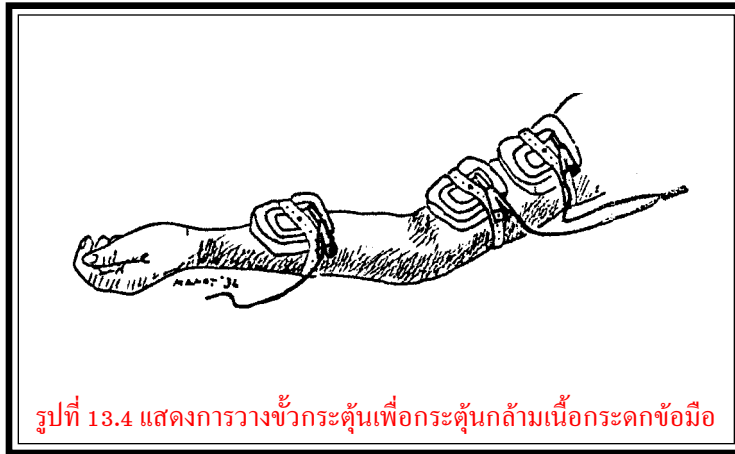


2. แผ่นขั้วไฟฟ้า พร้อมอุปกรณ์
3. สายรัดขั้วไฟฟ้าขนาดต่างๆ
4. เจลนำไฟฟ้า
5. สำลี และ แอลกอฮอล์

วิธีปฏิบัติการ

ตอนที่ 1 การกระตุ้นด้วยกระแสไฟตรงสัทยุสูง

1. วางขั้วไฟฟ้าทั้ง 3 ลงบนกล้ามเนื้อต้นแขนที่ใช้ในการกระดกข้อมือ (flexion) (รูปที่ 13.4)



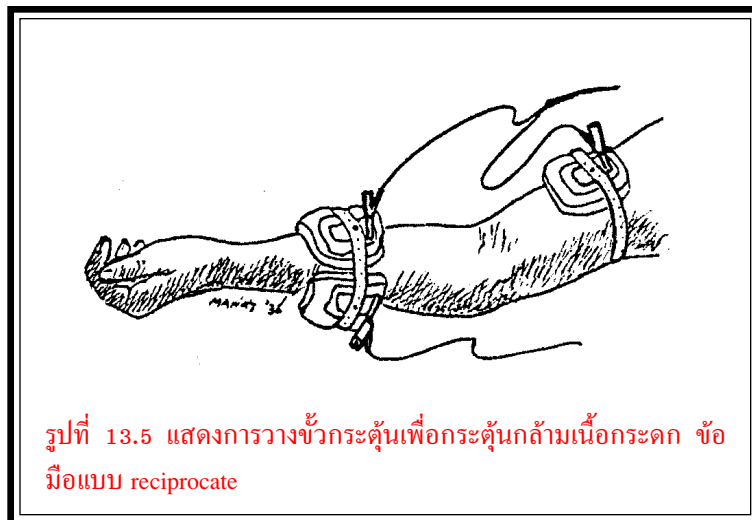
2. ปรับปุ่มเลือกชนิดกระแสมาที่ 'continuous'
3. ปรับปุ่มความแรงกระแสมาที่ reset แล้วค่อยๆ เพิ่มความแรงจนมากที่สุดที่ผู้ถูกกระตุ้นจะทนได้ แล้วสังเกตการหดตัวของกล้ามเนื้อ บันทึกผลในตารางที่ 13.1
4. เปลี่ยนความถี่การกระตุ้น (frequency) สังเกตการหดตัวของกล้ามเนื้อ แล้วบันทึกผล
5. ปรับปุ่มเลือกชนิดกระแสมาที่ surge และปรับจังหวะการปล่อยสัญญาณเป็นชุด ๆ
6. ค่อยๆ เพิ่มความแรงกระแส สังเกตการหดตัว แล้วบันทึกผล
7. เปลี่ยนจังหวะการปล่อยสัญญาณ สังเกตการหดตัว แล้วบันทึกผล
8. ค่อยๆ เพิ่มความแรงกระแสจนผู้ถูกกระตุ้นทนไม่ได้
9. เปลี่ยนขั้วไฟฟ้าขั้วหนึ่งมาไว้ที่กลุ่มกล้ามเนื้อที่ทำหน้าที่กระดกข้อมือขึ้น (extension) (รูปที่ 13.5)
10. ปรับปุ่มเลือกกระแสมาที่ reciprocate
11. ค่อยๆ เพิ่มความแรงสังเกตการหดตัว แล้วบันทึกผล

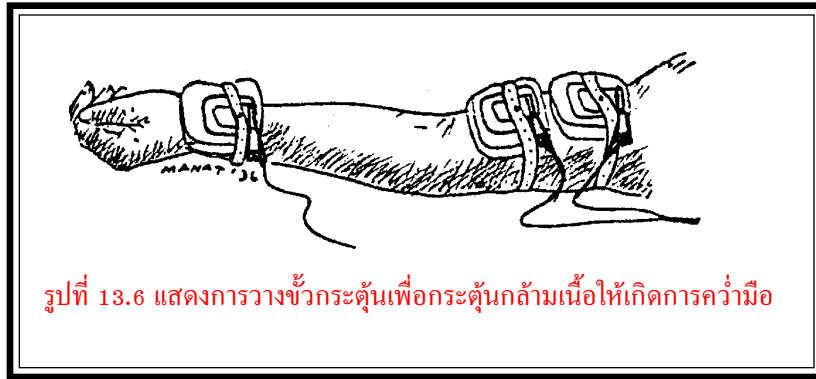
ตารางที่ 13.1 บันทึกผลการกระตุ้นด้วยกระแสไฟฟ้าสลับสูง

ชนิดของกระแส	อัตราของช่วงกระตุ้น (Hz)	ความแรงกระแส		ความรู้สึกผู้ถูกกระตุ้น	
		เริ่มรู้สึก	ทนไม่ได้	เริ่มรู้สึก	ทนไม่ได้
continuous					
surge					
reciprocate					

ตอนที่ 2 การหดตัวของกล้ามเนื้อในชั้นลึก

1. วางขั้ว active ขั้วหนึ่งหน้าข้อมือ อีกขั้ววางบริเวณด้านหน้าต่ำกว่าสอก (รูปที่ 13.6)
2. ปรับปุ่มเลือกกระแสมาที่ continuous
3. ปรับปุ่มอัตราช่วงกระตุ้นคงที่ ที่ค่าหนึ่งค่อย ๆ เพิ่มความแรงกระแส สังเกตการหดตัวของกล้ามเนื้อ แล้วบันทึกผลใน ตารางที่ 13.2





ตารางที่ 13.2 บันทึกผลการกระตุ้นกล้ามเนื้อชั้นลึก ๆ ด้วยกระแสไฟตรงศักย์สูง

ชนิดของกระแส	อัตราของช่วงกระตุ้น (Hz)	ความแรงกระแส		ความรู้สึกต่อกระตุ้น	
		เริ่มรู้สึก	ทนไม่ได้	เริ่มรู้สึก	ทนไม่ได้
continuous					
surge					

4. ปรับค่าความแรงกระแสคงที่ ที่ค่าหนึ่งแล้วค่อย ๆ เพิ่มอัตราการกระตุ้น สังเกตการหดตัวของกล้ามเนื้อแล้วบันทึกผล

5. ปรับปุ่มเลือกกระแสมาที่ surge แล้วทำตามข้อ 1-4 สังเกตการหดตัว ของกล้ามเนื้อแล้วบันทึกผล

คำถามท้ายบท

1. ท่านคิดว่าผลของกระแสไฟตรงศักย์สูงในการกระตุ้นกล้ามเนื้อมีลักษณะ แตกต่างจากกระแส IDC ทัวไปหรือไม่อย่างไร?

2. ถ้าใช้กระแสศักย์สูงกระตุ้นต่อไปนาน ๆ ท่านคิดว่าจะเกิดปฏิกิริยา

ได้ขั้วไฟฟ้าหรือไม่ เพราะเหตุใด?

3. ท่านคิดว่าขั้วไฟฟ้าขั้วใดเป็นขั้ว active electrode

4. เครื่องกระตุ้นไฟฟ้าศักย์สูง จึงมักไม่มีปุ่มปรับช่วงการกระตุ้น เพราะเหตุใด?

5. การกระตุ้นกล้ามเนื้อด้วยกระแสศักย์สูงจำเป็นต้องรองฝ่าหน้าได้ขั้วไฟฟ้าเช่นเดียวกับกระแสความถี่ต่ำชนิดอื่นหรือไม่ เพราะเหตุใด?

6. จงอธิบายข้อแตกต่างของกระแสไฟตรงศักย์สูง กับกระแสความถี่ต่ำ ชนิดอื่น ๆ ในด้านความจำเพาะของกระแสและการประยุกต์ใช้ทางคลินิก

เอกสารอ้างอิง

1. Alon G, Domenico GD. High voltage stimulation introduction, chapter 5, High voltage stimulation. Chattanooga, 1987: 59-70.

2. Alon G. Principle of electrical stimulation, chapter 3. In: Currier DP, Nelson RM. eds. Clinical electrotherapy. California; Appleton and Lange, 1987: 51-4.

3. สมชาย รัตนทองคำ. กระแสไฟตรงศักย์สูง. ใน: ประโยชน์ บุญสินสุข. บรรณาธิการ. การรักษาด้วยกระแสไฟฟ้าความถี่ต่ำ. มหาวิทยาลัยมหิดล; โรงเรียนกายภาพบำบัด คณะแพทยศาสตร์ศิริราชพยาบาล, 2529: 203-16.

4. Newton RA, Karselis TC. Skin pH following high voltage pulse galvanic stimulation. Phys Ther 1983; 63(10): 1593-6.

5. Alon G. High voltage stimulation. Phys Ther 1985;65(6):890-5.