ESTIMULADOR DIAFRAGMATICO

diafrables v por id tento el-

GOMEZ E. J.

VILLANUEVA D.

Sección de Bioelectrónica

CENTRO DE INVESTIGACION Y DE ESTUDIOS AVANZADOS DEL 1.P.N.

of letterndo la inadicación, ai dimensar la machi

RESUMEN ___

Se presenta un equipo para estimular eléctricamente el diafragma a través de los puntos motores del nervio frênico, mediante electrodos implantados en el cuello.

En pacientes con cuadriplejia se observa a menudo bloqueo de los nervios frênicos, como resultado de traumatismos del cordón espinal por encima del nivel C6, que en consecuencia padecen severa limitación para la inspiración, se puede desencadenar la contracción diafragmática y por lo tanto la inspiración estimulando eléctricamente el nervio frênico a nivel de sus puntos motores en la zona cervical, de fácil acceso.

Como la espiración es fundamentalmente pasiva, el instalar este marcapaso inspiratorio queda establecido un ritmo respiratorio artificial.

Aparte de pacientes cuadriplejicos, se puede ventilar también a individuos con poliomielitis bulbar, asma, enfisema, difteria y asfixia.

A continuación se enumeran las ventajas y desventajas de este método:

Desventajas: contracción de músculos ajenos, arritmias cardiacas y disminución de excitabilidad.

Ventajas: inspiración originada por presión negativa, evita la resistencia vascular pulmonar, facilmente aplicable, control de parámetros de estimulación, irrigación sanguinea normal así como el gasto cardiaco. Los tres sitios de colocación más utilizados en electroestimulación son: axilas, parte baja del esternón y en ambos lados del cuello.

A continuación se dan las características de cada una de las alternativas anteriores.

- Axilas: La aplicación de estimulo electrico en este sitio estimula el nervio frenico, el cual inerva el diafragma originando la inspiración. Al aumentar la magnitud del estimulo se logran mayores volúmenes inspirados, pero llega un momento en el cual se produce estimulación del plexo braquial, originando con ello el movimiento de los brazos.
- Parte baja del esternón: El estimular en esta zona origina la contracción de los músculos abdominales limitando con esto la magnitud descendente del diafragma.
- En ambos lados del cuello: Este se localiza por encima de los puntos motores del nervio frénico, la estimulación origina la contracción del diafragma y por lo tanto el proceso de inspiración.

Dado que las posibles complicaciones en la electroestimulación - son la contracción de músculos inspiratorios y arritmias cardiacas, la colocación de electrodos bilaterales sobre los puntos motores del nervio frênico situa al corazón a una distancia apreciable de la ruta de la corriente estimuladora, lo que implica una baja posibilidad de excitar al corazón. En base a lo anteriormente expuesto se decidió por la electroestimulación a nivel cervical (Figura 1).

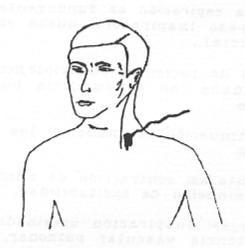


FIGURA 1. ESTIMULACION DEL NERVIO FRENICO

BOST (1) O) TOV GROUD DWI KRN VRS- "

DIAGRAMA A BLOQUES DEL ESTIMULADOR

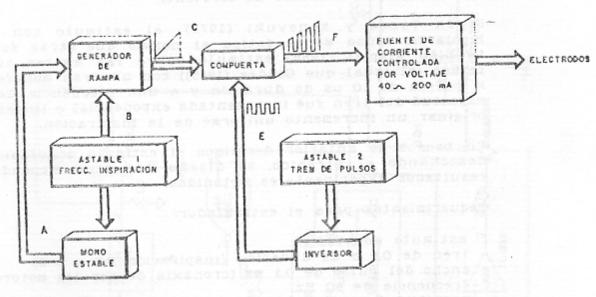
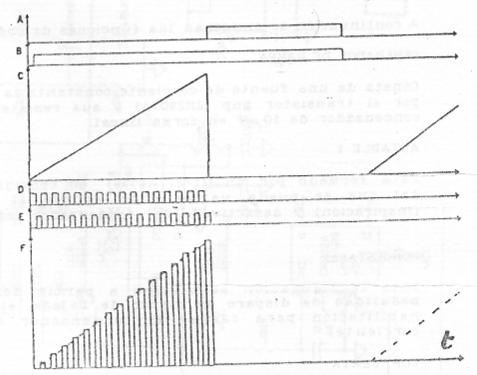


FIGURA 2.

DIAGRAMA DE TIEMPO



Existen dos tipos de electroestimulación: monofásica y bifásica. En experimentos de larga duración se han utilizado estimulos bifásicos (positivos y negativos) minimizando el daño al tejido causado por el estimulo de corriente.

Según Tanae y Kaneyuki (1973) el estimulo con electrodos bipolares, causa menos fatiga al nervio que otras formas. Pero también Riscili (1988) estimuló sobre las axilas anteriores a perros (al igual que Geddes (1985)) con un tren monofásico de 0.8 s, pulsos de 10 ps de duración y a una frecuencia de 60 Hz. La magnitud del tren fue incrementada exponencial o linealmente para originar un incremento uniforme de la inspiración.

En base a lo anterior decidimos el estimulo monofásico, pero no desechando el bifásico, el diseño definitivo dependerá de los resultados experimentales obtenidos.

Requerimientos para el estimulador:

- estimulo monofásico.
- tren de 0.8 s de duración (inspiración 0.5 1 s)
- ancho del pulso de 0.1 ms (cronaxia de nervios motores)
- frecuencia de 60 Hz.
- magnitud de corriente de 0 30 mA.

En la figura 2 se dan los diagrámas a bloque y de tiempos del sistema.

A continuación se enumeran las funciones de cada bloque:

GENERADOR DE RAMPA

Consta de una fuente de corriente constante la cual está formada por el transistor pnp (2N2907A) y sus resistencias; carga a un condensador de 10 μF en forma lineal.

ASTABLE 1

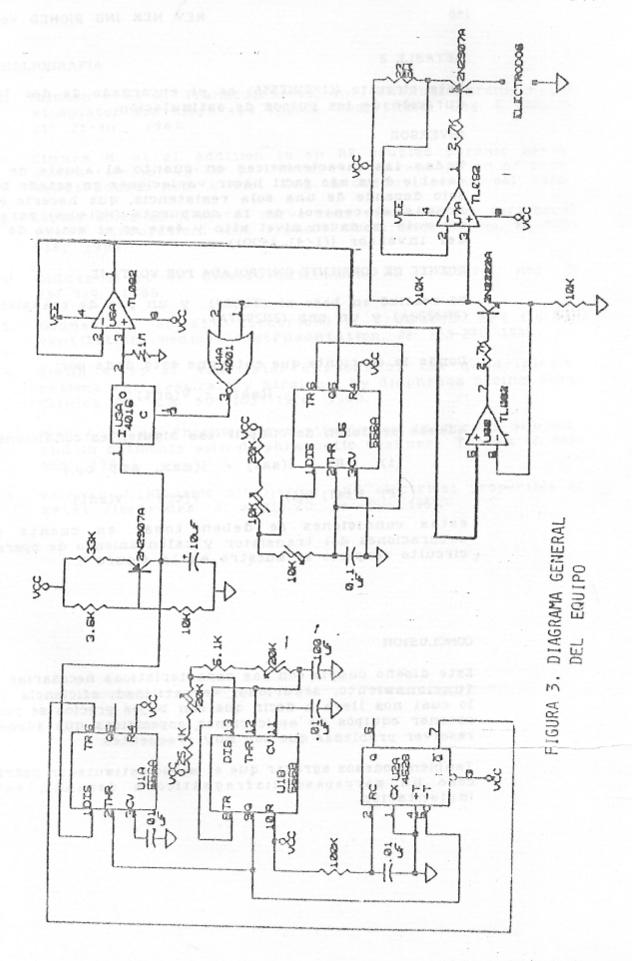
Esta formado por un ((1/2) NE556) en configuración astable, y tal que se pueda variar para cubrir el tiempo de carga (inspiración) y desactivado del condensador (espiración).

MONOESTABLE

Esta configuración se origina a partir del MC14526 con la modalidad de disparo de flanco de bajada, el cual controla la habilitación para cargar el condensador de la fuente de corriente.

COMPUERTA

Es el dispositivo (MC14016) que determina la magnitud y duración de los pulsos de estimulo.



ASTABLE 2

Este circuito ((1/2)NE556) es el encargado de dar los tiempos de duración de los pulsos de estimulación.

INVERSOR

Dadas las características en cuanto al ajuste de duración del astable 2 es más facil hacer variaciones en estado bajo dado que, solo depende de una sola resistencia, que hacerlo en nivel alto. Además el control de la compuerta (MC14016) para el paso del estimulo se da en nivel alto y este es el motivo de la existencia del inversor ((1/4) 14001).

FUENTE DE CORRIENTE CONTROLADA POR VOLTAJE

Se realizó en base al (TLO84) y un par de transistores, un npn (2N2222A) y un pnp (2N2907A).

Donde la corriente que entregue está dada por:

I(sal) = V(ent)/R

además se deben de cumplir las siguientes condiciones:

- 1) I(B) = I(sal) / I(max. amp op.)
- 2) I(sal) R(1) V(cc) V(ent)

estas condiciones se deben tomar en cuenta para evitar saturaciones del transistor y calentamiento de operacionales. El circuito completo se muestra en la figura 3.

CONCLUSION

Este diseño cumple con las características necesarias en cuanto a funcionamiento, seguridad, versatilidad, eficiencia y bajo costo lo cual nos lleva a decir que con bajos precios se puede llegar a obtener equipos de aplicaciones específicas que además ayudan a resolver problemas que son muy frecuentes.

También podemos agregar que el mismo estimulador podría adaptarse como un marcapaso diafragmático a demanda, externo o de implantación.

REV HER ING BIOMED Val 10 (1) 1989

BIBLIOGRAFIA

e

1

e,

0.

15 a

n

а

e e

- Talonen P. et al. Transcutaneous, dual channel phrenic nerve stimulator for diaphraga pacing. Med. & Biol. Eng. & Comput. 21: 21-30.; 1983.
- Kimura M. et al. Addition to an RF coupled phrenic nerve stimulation implant to provide outward transmission of body temperature. Med. & Bicl. Eng. & Comput., 24: 659-661; 1986.
- Naples G, et al. A spiral nerve cuff electrode for peripheral nerve stimulation. IEEE Trans. Blomed. Eng., 35: No. 11, 905-916; 1988.
- 4. Geddes L. et al. Electroventilation. Am. J. Emerg. Med. 3: 337-339; 1985.
- Geddes L. et al. Electrically produced artificialventilation. Medical Instrumentation. 22: 253-271, 1988.
- 6. Glenn W, et al. Ventilator support of the quadriplegic patient whit respiratory paralysis by diaphragm pacing. Surg. Clinics Of. N.A. 60: 1055-1978; 1980.
- 7. Mier A. et al. Phrenic nerve stimulation in normal subject and in patioents with diaphragmatic weakness. Thorax 42: 885-888; 1987.
- Weinman J. Biphasic stimulation and electrical properties of metal electrodes. J. Appl. 20: 787-790; 1965.