



UNIVERSIDAD NACIONAL AUTÓNOMA DE MÉXICO  ${
m ISSS}$ 

Facultad De Medicina

División de Estudios de Postgrado

# INSTITUTO DE SEGURIDAD SOCIAL Y SERVICIOS SOCIALES DE LOS TRABAJADORES DEL ESTADO

HOSPITAL REGIONAL "LICENCIADO ADOLFO LOPEZ MATEOS"

TESIS: EXPLICACIÓN SIMPLIFICADA DEL USO Y METODOLOGÍA DE LOS CÁLCULOS DEL MARCO ESTEREOTÁXICO BROWN-ROBERTS-WELLS PARA PROCEDIMIENTOS NEUROQUIRÚRGICOS

Para obtener el título de especialista en

NEUROCIRUGÍA

Presenta:

DR. URES EDUARDO CAMPOS RODRIGUEZ

Asesores de Tesis:

DR. OCTAVIO ANTONIO SALAZAR CASTILLO

DR. JAVIER VALDÉS GARCÍA

DR. GUY GILBERT BROC HARO

CIUDAD DE MÉXICO 2021



Universidad Nacional Autónoma de México



UNAM – Dirección General de Bibliotecas Tesis Digitales Restricciones de uso

## DERECHOS RESERVADOS © PROHIBIDA SU REPRODUCCIÓN TOTAL O PARCIAL

Todo el material contenido en esta tesis esta protegido por la Ley Federal del Derecho de Autor (LFDA) de los Estados Unidos Mexicanos (México).

El uso de imágenes, fragmentos de videos, y demás material que sea objeto de protección de los derechos de autor, será exclusivamente para fines educativos e informativos y deberá citar la fuente donde la obtuvo mencionando el autor o autores. Cualquier uso distinto como el lucro, reproducción, edición o modificación, será perseguido y sancionado por el respectivo titular de los Derechos de Autor. DR DANIEL ANTONIO RODRÍGUEZ ARAIZA COORDINADOR DE ENSEÑANZA E INVESTIGACIÓN

DRA. FLOR MARÍA DE GUADALUPE ÁVILA FEMATT JEFE DE ENSEÑANZA MEDICA

DRA. MARTHA EUNICE RODRÍGUEZ ARELLANO JEFE DE INVESTIGACIÓN HOJA DE AUTORIZACIÓN DE TESIS

DR. OCTAVIO ANTONIO SALAZAR CASTILLO PROFESOR TITULAR Y ASESOR DE TESIS

> DR. JAVIER VALDÉS GARCÍA CO-ASESOR DE TESIS

DR. GUY GILBERT BROC HARO JEFE DE SERVICIO DE NEUROCIRUGIA

Dr. Ures Eduardo Campos Rodríguez Residente de Neurocirugía

Número de Registro: 673.2019

# ÍNDICE

RESUMEN5
ABSTRACT6
INTRODUCCIÓN7
MATERIALES Y MÉTODOS8
RESULTADOS16
DISCUSIÓN17
CONCLUSIONES
BIBLIOGRAFÍA19
ANEXOS

#### **RESUMEN.**

**Título:** Explicación simplificada d el u so y m etodología d e los cálculos del m arco estereotáxico Brown-Roberts-Wells para procedimientos neuroquirúrgicos

**Material y método:** Se realizó un estudio, retrospectivo, observacional, longitudinal, en el Hospital Regional "Licenciado Adolfo L ópez Mateos" en el Servicio de Neurocirugía que incluyó a 50 pacientes de 28 a 76 años, en un periodo de enero de 2006 a diciembre 2018, quienes ameritaron d e toma d e b iopsia guiada p or estereotaxia utilizando E I s istema estereotáctico B rown-Roberts-Wells (Radionics inc., Estados U nidos de A mérica, Burlington California), con uso del propio software de planeación estereotáctica STAX-84K para él ordenador Epson 20-HX que venía incluido en el sistema originalmente al momento de su venta en el año 1984. Se aplicó estadística descriptiva para comparar los resultados del s oftware or iginal v s el método propuesto que es mediante el diseño de un marco estereotáctico Brown-Robert-Wells construido con el software de código abierto Geogebra, comparándose los resultados con el fantasma base del sistema estereotáctico. La precisión y confiabilidad d el m odelo propuesto fueron evaluados c omparando los t res m étodos mencionados: El software original STAX-84K, el fantasma base del marco Brown-Roberts-Wells y el modelo virtual que proponemos diseñado en Geogebra.

**Resultados:** La precisión utilizando imágenes en formato no DICOM de cortes axiales de tomografías p ara p laneación c on el s istema Brown-Robert-Wells f ue d e 2. 71 ± 0.76mm (Intervalo de confianza al 95% 2.27-2.98), utilizando imágenes DICOM totalmente digitalizadas para uso de diagnóstico médico fue de 0.75 ± 0.51mm (Intervalo de confianza al 95% 0.48 – 1.01). La precisión entre los dos métodos al ser comprobados en el fantasma base fue m ayor u tilizando imágenes en formato D ICOM (p<0.01). La precisión entre el marco B rown-Roberts-Wells virtual construido en el programa Geogebra entre varias pruebas al comparar los targets y las coordenadas <0.75mm, siendo así un nivel excelente de confianza para las coordenadas del sistema Brown-Robert-Wells virtual construido en Geogebra (coeficiente de correlación intraclase ≥0.9) fue revisado en todos los posibles escenarios.

**Conclusión:** El poder reproducir un sistema estereotáctico virtual, de alta complejidad no basado en ar co c entrado c omo el B rown-Roberts-Wells c on una p recisión y ex actitud aceptables pueden ser herramientas a crear partiendo de software de código abierto para otros sistemas estereotácticos d onde se carezca d e un software d e planeación o incluso

para el d iseño d e nuevos s istemas o ap render el m ecanismo d e s istemas y a descontinuados.

**Palabras c lave:** Sistema Estereotáctico, B rown-Robert-Wells, B RW, Target, P unto d e Entrada, Software de Planeación Estereotáctica

#### ABSTRACT.

**Title:** Simplified E xplanation of the U se and M ethodology of the B rown-Roberts Wells Stereotaxic Frame Calculations for Neurosurgical Procedures

**Material and methods:** An analytical, retrospective, observational, longitudinal study was done in t he R egional H ospital "Licenciado Adolfo Lopez M ateos". In the Neurosurgery Service that included 50 patients from 28 to 76 years old, in a period from January 2006 to December 2018. Those patients underwent to a stereotactic-frame-guided biopsy using the Brown-Roberts-Wells s tereotactic s ystem (Radionics Inc., U nited States of A merica, Burlington California), with use of the own STAX-84K stereotactic planning software for the Epson 20-HX computer that came originally included in the system at the time of its sale in 1984. We applied descriptive statistics to compare the results of the original software vs. the proposed method, comparing the results with the base phantom of the stereotactic system. We us ed a multidimensional regression to be able to compare the values of t he three-dimensional coordinates of the target, entry point and depth of insertion of the needle for stereotactic biopsy based on the values calculated for the al pha, b eta, gamma and delta angles t o ar rive t o t he desired t arget. A value of p < 0.05 w as c onsidered s tatistically significant.

**Results:** Precision using images in non-DICOM format of axial sections of tomography for planning with the Brown-Robert-Wells system was  $2.71 \pm 0.76$ mm (95% confidence interval 2.27-2.98), using fully d igitized DICOM images for diagnostic us e. physician was  $0.75 \pm 0.51$ mm (95% confidence interval 0.48 - 1.01). The precision between the two methods when verified in the base phantom was higher using images in DICOM format (p <0.01). The precision between the virtual B rown-Roberts-Wells framework b uilt in the G eogebra program between several tests when comparing the targets and the coordinates <0.75mm, thus being an excellent level of confidence for the coordinates of the virtual Brown-Robert-Wells system built in Geogebra (intraclass correlation coefficient  $\geq$ 0.9) was reviewed in all possible scenarios.

**Conclusion:** Being able to reproduce a virtual, highly complex stereotactic system not based on a centered arc such as the Brown-Roberts-Wells with acceptable precision and accuracy. They can be tools create starting from open source software for other stereotactic systems where planning software is lacking or even for the design of new systems or to learn the mechanism of already discontinued systems.

**Keywords:** Stereotactic S ystem, B rown-Robert-Wells, BRW, T arget, Point of E ntry, Stereotactic Planning Software

## INTRODUCCIÓN.

La introducción de la tomografía computarizada para ayudar en la planificación de procedimientos estereotácticos fue un hit o histórico significativo en neurocirugía. Russell A. Brown, un estudiante de medicina de tercer año, inventó el localizador N en mayo de 1978 [1]. Posteriormente, en agosto de 1978, diseñó el primer marco estereotáctico compatible con CT para probar el concepto d el N-Localizer [2]. A partir del año siguiente, el N-localizador en Brown-Roberts-Wells (BRW) [3], Pfizer [4], Todd-Wells [3], Reichert-Mundinger [5], Kelly-Goerss Compass [6], Leksell [7] y Cosman-Robert-Wells (CRW) [8, 9, 10] marcos estereotácticos.

El número de serie 1 del cuadro BRW se le dio a Michael Apuzzo del Hospital General de Los Ángeles / USC. Este obsequio dio lugar a una gran cantidad de publicaciones que informaron sobre el uso de este marco estereotáctico [11, 12, 13]. Posteriormente, el N -localizador s e c onvirtió e n la t écnica e stándar pa ra l a transposición de da tos d e im ágenes de T C a I e spacio estereotáctico. La combinación del marco BRW con el N-localizador integrado se convirtió en una herramienta i nnovadora p ara u na amplia v ariedad d e p rocedimientos neuroquirúrgicos basados en marcos y, posteriormente, se aplicó en radiocirugía y neuronavegación, y proporcionó el impulso para el desarrollo de sistemas sin marco [10, 11].

El marco BRW fue un instrumento prometedor. Sin embargo, requirió la calculadora científica HP-41CV y el programa de la calculadora BRWT para realizar los cálculos necesarios p ara alcanzar el o bjetivo de seado. E sta calculadora fue r eemplazada posteriormente p or la c omputadora portátil HX-20 y el pr ograma S tax-84k pa ra realizar la planificación quirúrgica. La complejidad de los cálculos matemáticos y el requisito de una calculadora d e mano o una computadora portátil hicieron que la popularidad del BRW decayera y resultó en su eventual reemplazo por otros marcos estereotácticos. E stos o tros marcos tenían geometrías más fáciles d e entender y sus cálculos se podían realizar incluso con papel y lápiz. Esta característica fue particularmente importante en hospitales donde no era posible encontrar reemplazos para la calculadora HP-41CV o la computadora HX-20 o comprar una licencia pa ra una d e la s h erramientas d e s oftware d e pla nificación quir úrgica disponibles actualmente [14, 15, 16].

Por lo t anto, decidimos comenzar desde cero [17] y aprender cómo funciona un marco estereotáxico junto con el N-localizador para resucitar el marco BRW de nuestro h ospital. M i s olución f ue t rabajar c on el s oftware G eogebra [18] pa ra construir un m odelo virtual del marco BRW y el N-Localizador. E ste en foque m e permitió comprender la función de un marco estereotáctico junto con el N-localizador. A c ontinuación, explicamos de f orma s implificada c ada pas o d el proceso, comenzando con la colocación del N-localizador en el cráneo del paciente y terminando con los parámetros del marco estereotáctico necesarios para alcanzar el objetivo deseado.

#### MATERIALES Y MÉTODOS.

El presente estudio observacional y retrospectivo incluyó pacientes que habían sido hospitalizados con lesiones cerebrales y había sido recomendados para realizarse una biopsia estereotáctica basada en el marco Brown-Robert-Wells de enero de 2006 a diciembre de 2018. No se realizó ninguna biopsia con las coordenadas calculadas por el marco Brown-Roberts-Wells virtual construido en el software G eogebra. El c omité de ét ica de la inv estigación a probó el pr esente estudio, y todos pacientes no requirieron de consentimiento al tratarse de un estudio retrospectivo que mantiene el anonimato de los posibles indicadores de los pacientes.

El tamaño de la muestra se calculó bajo el supuesto de un 1mm de diferencia en la distancia e uclidiana e ntre los Objetivos medidos e n e l tomógrafo e n 2 D y la planificación estereotáctica estándar, con una desviación estándar común de 1mm. Para prueba T de 2 colas para muestras no emparejadas con un nivel de 0,05 y potencia del 90%, se determinó el tamaño de grupo necesario. Fueron 50 pruebas para cada grupo. Por lo tanto, 50 pacientes fueron incluidos en el presente estudio. Todos los pacientes incluidos tenían lesiones supratentoriales, tenía 18 años al menos.

Se empleó el Sistema estereotáctico de marco Brown-Roberts-Wells (BRW) (Radionics I nc., Burlington, California, E E. UU.) pa ra I a toma d e bio psias. La planificación quirúrgica se basó en tomografías computarizadas de cráneo (tomografía helicoidal en reconstrucción en cortes axiales de las adquisiciones con un tomógrafo Philips), con un grosor de corte tanto en fase simpe como contrastada. Durante cada procedimiento s e recolectaron varias muestras de tejido a biopsiar con agujas de biopsia Radionics o Integra tipo Nashold. Las muestras de tejido fueron enviadas para estudios histopatológicos o cultivos dependiendo del caso.

Se empleó el software de planificación estereotáctica original Stax-84K (Trent-Wells Inc.) propio del ordenador portátil Epson HX-20, un solo examinador definió las coordenadas estereotácticas para el objetivo de la biopsia cerebral. El software Stax-84K e s el s oftware aprobado o riginalmente en e l s et original de l s istema estereotáctico Brown-Roberts-Wells por agencias reguladoras asignándoles valor de producto y software de uso médico. La identificación de las coordenadas X y Y de las 9 barras a nivel del punto de entrada y del nivel del target para su posterior cálculo matemático a transformación en coordenadas 3D y poder obtener así l os parámetros para Ilegar al target mediante el software fueron realizados de modo

manual. Las tomografías computarizadas no se ajustaron clásicamente en Gantry 0° ni se estableció la a veces sugerida línea CA-CP para planeación clásica.

Usamos c omo r eferencia u n m arco e stereotáctico original B RW No .389 y N localizador (Trent-Wells I nc.). M odelamos el m arco N-localizador y B RW en el programa de código abierto de Geogebra. Luego buscamos en la base de datos de imágenes de l ho spital la s t omografías c omputarizadas obtenidas pa ra pla nificar procedimientos estereotácticos. E ncontramos 5 0 p acientes d iferentes tratados desde enero de 2006 ha sta diciembre de 2018 c on la ayuda de la guía por TC a través d el N -localizador. T ransformamos I as c oordenadas 2 D d e l a tomografía computarizada en un espacio estereotáctico 3D y simulamos un procedimiento de planificación utilizando el fantasma base del marco para obtener de manera tangible y confirmar que había coincidencia entre la aguja del fantasma base y la aguja de simulación al poner los parámetros necesarios para alcanzar un objetivo específico a través del marco BRW real y el virtual. (Figura 1), (Figura 2), (Figura 3), (Figura 4)



Figura 1 Arco Vertical del Sistema Brown-Roberts-Wells Número de serie 389



Figura 2 Arco Horizontal del Sistema Brown-Robert-Wells Número de serie 389



Figura 3 Reconstrucción tridimensional partiendo de las adquisiciones de cortes axiales por tomografía mostrando el anillo base y los localizadores "N"



Figura 4 El sistema estereotáctico Brown-Roberts-Wells demostrando comprobación de valores obtenidos con el fantasma base

Para construir un marco BRW virtual, se midió el N-localizador físico y sus dimensiones se ingresaron en Geogebra. Comenzamos dibujando un círculo que se ajustaba a las coordenadas 2D (obtenidas por tomografía computarizada) de las barras verticales del N-localizador.

Para una tomografía computarizada axial que es paralela al anillo horizontal del marco BRW, los centros de las seis barras verticales encajan perfectamente en un círculo. Por lo tanto, cuando las seis barras verticales encajan perfectamente en un círculo, sabemos que el plano de la tomografía computarizada es paralelo al plano del anillo base. Para una serie de tomografías computarizadas que son todas paralelas al anillo horizontal, y asumiendo que no hay movimiento de la cabeza del paciente entre tomografías computarizadas sucesivas, las posiciones de las barras verticales permanecerán fijas en todas las tomografías. Solo cambiarán las posiciones de las varillas horizontales.

Hasta este punto todo parece fácil; sin embargo, las imágenes axiales solo nos dan coordenadas 2D. Necesitamos saber cómo se representan esas coordenadas en el espacio estereotáctico 3D. Esto se hace mediante transformaciones, y las barras diagonales nos dan referencias (también conocidas como fiduciales) para calcular las coordenadas 3D del objetivo en el espacio estereotáctico. Incluso si la cabeza está inclinada de manera que la tomografía computarizada no sea paralela al anillo horizontal, es posible calcular las coordenadas 3D del objetivo.

Una vez que se calculan las coordenadas en el espacio estereotáctico, podemos proceder con el sistema estereotáctico BRW para dirigir una sonda al objetivo. La trayectoria de la sonda está determinada por cuatro ángulos: dos horizontales (Alfa y Beta) y dos verticales (Gamma y Delta). Una vez que se calculan estos cuatro ángulos, también se puede calcular la profundidad de inserción de la aguja (H)

El análisis estadístico para evaluar la precisión de las coordenadas del sistema Brown-Roberts-Wells virtual diseñado en el programa Geogebra se efectuó al calcular la distancia lineal entre cada uno de las coordenadas estereotácticas (X, Y y Z) en sus respectivos ejes cartesianos y la distancia lineal entre objetivos en cualquier orientación espacial utilizando geometría euclidiana para medir las distancias dentro d e un espacio tridimensional. Se empleó la siguiente e cuación para definir la distancia euclidiana entre dos targets:

#### d=[2(x2-x1)+2(y2-y1)+2(z2-z1)]1/2

donde d es la distancia entre los targets y xn, yn y zn son las coordenadas de cada target. La confiabilidad de las coordenadas del sistema estereotáctico Brown-Roberts-Wells virtual construido en el programa Geogebra fue efectuado por e I estudio de concordancia usando el coeficiente de relación interclase (ICC). Un excelente nivel de acuerdo y fiabilidad. entre las coordenadas se definió como ICC ≥0.9 También se recolectaron las características radiológicas de las lesiones y la clínica que presentaban los pacientes. Las diferencias entre la precisión de El empleo del marco estereotáctico virtual Brown-Robert-Wells construido con el software geogebra entre los 2 métodos de entrada de imágenes (DICOM vs no DICOM) se utilizó la prueba t de 2 colas. Se realizó la misma prueba para investigar controlar la influencia de las características clínicas y radiológicas en el precisión de la aplicación. Todos los análisis se realizaron utilizando el Software Minitab 18. El significado del nivel de significancia se dejó asignado al 5%.



Figura 5, ubicación del Target dentro del Universo Estereotáctico del "N" Localizador



Figura 6 Modelo Virtual Totalmente Funcional del Marco Brown-Robert-Wells diseñado en Geogebra, mostrando los valores de los cuatro ángulos y de la profundidad de inserción de la aguja para llegar al target.



Figura 7 Un corte axial de tomografía mostrando las seis barras verticales del Nlocalizador



Figura 8 Círculo que abarca perfectamente seis barras verticales del N-Localizador. El punto verde representa el target en dos dimensiones

## **RESULTADOS.**

De los 50 pacientes, la mayoría eran hombres (n = 42; 84%). El rango de edad fue entre 27 y 76 años de edad). Las biopsias estereotáxicas dieron lugar al diagnóstico de 38 pacientes por una tasa de diagnóstico del 76%. Los tumores fueron las neoplasias más comunes diagnosticadas 60%. Las localizaciones más frecuentes de las lesiones cerebrales. fueron el lóbulo frontal (70,0%) y el hemisferio cerebral izquierdo (76%). Se observó un diámetro > 15 mm en el 70% de las lesiones (tamaño medio, 26.4 ±16.9 mm; rango desde 0.9mm hasta 71mm

La evaluación de la precisión entre los métodos utilizados requirió de 1500 mediciones para cada planeación. Usando las fotografías de

el monitor de pantalla, la distancia media entre los objetivos Stax-84K y el marco estereotáctico Brown-Roberts-Wells virtual construido en el programa Geogebra, calculado utilizando la distancia euclidiana, fue 2.71 ± 0.76mm (Intervalo de confianza al 95% 2.27-2.98), utilizando imágenes DICOM totalmente digitalizadas para uso de diagnóstico médico fue de 0.75 ± 0.51mm (Intervalo de confianza al 95% 0.48 – 1.01). La precisión entre los dos métodos al ser comprobados en el fantasma base fue mayor utilizando imágenes en formato DICOM (p<0.01). La precisión entre el marco Brown-Roberts-Wells virtual construido en el programa Geogebra entre varias pruebas al comparar los targets y las coordenadas <0.75mm, siendo así un nivel excelente de confianza para las coordenadas del sistema Brown-Robert-Wells virtual construido en Geogebra (coeficiente de correlación intraclase ≥0.9) fue revisado en todos los posibles escenarios.

Se r ealizó un núm ero s imilar de pr uebas (1500, s iendo pa ra c ada c aso de planeación 10 pa ra e l método c on el s oftware S tax-84K, 10 pa ra pr ueba c on fantasma y 10 para el Marco estereotáctico virtual Brown-Roberts-Wells construido en el software Geogebra para la evaluación de la precisión.

El coeficiente de correlación interclase estuvo muy cerca al valor de 1.0, para todos los ej es y en sayos es tudiados. Esto demuestra l a gr an ut ilidad de l pr ograma Geogebra p ara r ealizar sistemas estereotácticos virtuales totalmente funcionales con un muy alto grado de precisión.

#### DISCUSIÓN.

Utilizando las técnicas descritas anteriormente, pudimos apreciar cómo funciona un marco estereotáctico desde el punto en que el N-localizador se fija a la cabeza del paciente hasta el punto en que la sonda alcanza el objetivo. Ahora entendemos cómo las coordenadas 2D de la exploración de TC se transforman en coordenadas 3D e stereotácticas y cómo estas coordenadas 3D s e utilizan p ara obtener la configuración del marco BRW, es decir, cuatro ángulos y la profundidad de inserción de la sonda).

#### CONCLUSIONES.

Este trabajo demuestra cómo construir un marco estereotáxico virtual desde cero utilizando solo los datos obtenidos de las tomografías computarizadas axiales junto con el conocimiento de la geometría del marco estereotáxico. Para trabajos futuros, sería interesante comparar la configuración del marco BRW obtenida mediante la técnica G eogebra c on l a c onfiguración de l marco obtenida m ediante e l uso de algunos de lo s pr ogramas de s oftware de pla nificación quir úrgica c omercial disponibles. Siendo así este trabajo d emuestra que el software de código abierto Geogebra es en potencia una herramienta matemática geométrica con gran precisión en integrar sistemas geométricos que puedan desenlazar en la realización de un sistema estereotáctico virtual.

Además, este método propuesto podría ser una referencia en el futuro para construir e incluso realizar el procedimiento de planificación de ot ros modelos de marcos estereotácticos desde cero cuando no sea posible tener disponible un software de planificación. A demás, pue de s er una he rramienta p oderosa p ara ap render l a geometría de los marcos estereotácticos o para diseñar nuevos dispositivos de forma económica mediante este método.

#### **BIBLIOGRAFÍA.**

 Brown RA, Nelson JA: Invention of the N-localizer for stereotactic neurosurgery and its use in the B rown-Roberts-Wells stereotactic frame. Neurosurgery. 2012, 70:173-176. 10.1227/NEU.0b013e318246a4f7

2. Brown RA: A computerized tomography-computer graphics approach to stereotaxic localization. J Neurosurg. 1979, 50:715-720. 10.3171/jns.1979.50.6.0715

3. Brown RA, Roberts TS: A stereotaxic frame and computer software for use with CT body scanners. Stereotactic Cerebral Irradiation: Proceedings of the INSERM Symposium on Stereotactic Irradiation. Szikla G(ed): Elsevier/North-Holland Biomedical Press, Amsterdam. 1979, 12:25-27. 10.1097/00004424-198007000-00006

Brown RA, Roberts TS, Osborn AE: Stereotaxic frame and computer software for
CT-directed ne urosurgical localization. Invest Radiol. 19 80, 1 5:308-312.
10.1097/00004424-198007000-00006

5. Perry J H, Rosenbaum A E, Lunsford LD, S wink C A, Z orub D S: C omputed tomography guided stereotactic surgery: conception and development of a new stereotactic methodology: Neurosurgery. 1980, 7:376-381. 10.1097/00006123-198010000-00011

6. Goerss S, K elly PJ, K all B, Alker GJ J r: A computed tomographic s tereotactic adaptation system. Neurosurgery. 1982, 10:375-379. 10.1097/00006123-198203000-00014

7. Mundinger F: CT-stereotactic biopsy of brain tumors: Tumors of the Central Nervous System in Infancy and Childhood Voth, D. Gutjahr, P. and Langmaid, C. (ed): Springer-Verlag, New York; 1982. 1:234-246. 10.1007/978-3-7091-8813-2\_10

19

8. Dubois PJ, Nashold BS, Perry J, et al.: CT-guided stereotaxis using a modified conventional stereotaxic frame (http://www.ajnr.org/content/ajnr/3/3/345.full.pdf). AJNR Am J Neuroradiol. 1982, 3:345-351.

9. Kelly PJ, Earnest F 4th, Kall BA, Goerss SJ, Scheithauer B: Surgical options for patients with deep-seated brain tumors: computer-assisted stereotactic biopsy. Mayo Clin Proc. 1985, 60:223-229. 10.1016/S0025-6196(12)60314-0

10. Leksell L, Leksell D, Schwebel J: Stereotaxis and nu clear magnetic resonance: J Neurol Neurosurg Psychiatry. 1985, 48:14-18. 10.1136/jnnp.48.1.14

11. Couldwell WT, Apuzzo ML: Initial experience related to the use of the Cosman-Roberts-Wells stereotactic instrument. Technical n ote. J N eurosurg. 1990, 72:145-148. 10.3171/jns.1990.72.1.0145

12. BROWN RUSSELL A. MD; ROBERTS, THEODORE S. MD; OSBORN, ANNE G: MD Investigative Radiology: July-August. 1980, p:308-312.

13. Michael L.J.Apuzzo Veronica M.Pagán Rodrick Faccio Charles Y. Liu: A Bosphorus Submarine Passage and the R einvention of N eurosurgery. N eurosurgeons meeting, Istanbul, Turkey, June. 2011, 21:27. 10.1016/j.wneu.2012.11.004

14. George Samandouras, Michael Appuzzo: Advanced Technologies in the operating theatre. T he N eurosurgeon's H andbook. S amandouras, George (ed): O xford, U nited Kingdom; p 181; 2010.

15. Khedr, A. S., Alaminos-Bouza, A. L., & Brown, R: Use of the Brown-Roberts-Wells Stereotactic Frame in a Developing Country. 2018. 10.7759/cureus.2126

16. Heilbrun MP, Roberts TS, Wells TH Jr, et al.: Technical Manual: Brown-Roberts-Wells (BRW) CT stereotaxic Guidance System. Burlington, MA: Radionics, Inc. 1982,

20

17. Yuval Lirov, Michael W: Vannier, System analysis of stereotactic neurosurgery based
on C T s cans. Computers & M athematics w ith Applications, Volume. 1986, 839:858.
10.1016/0898-1221(86)90030-1

18. Hohenwarter M.: www.geogebra.org. http://www.geogebra.org.

ANEXOS

INSTITUTO D E S EGURIDAD S OCIAL Y S ERVICIOS S OCIALES D E LOS TRABAJADORES DEL ESTADO

HOSPITAL REGIONAL "LICENCIADO ADOLFO LOPEZ MATEOS"

# TÍTULO: EXPLICACIÓN SIMPLIFICADA DEL USO Y METODOLOGÍA DE LOS CÁLCULOS DEL MARCO ESTEREOTÁXICO BROWN-ROBERTS WELS PARA PROCEDIMIENTOS NEUROQUIRÚRGICOS

## ANEXO I. Instrumento de recolección de datos

					Folio				
EXPL	EXPLICACIÓN SIMPLIFICADA DEL USO Y								
METC	METODOLOGÍA DE LOS CÁLCULOS DEL MARCO								
ESTE	ESTEREOTÁXICO BROWN-ROBERTS WELS PARA								
PROC	PROCEDIMIENTOS NEUROQUIRÚRGICOS								
Fecha	a de revisión del E	xpediente	Día	Mes				Año	
A	FICHA DE IDENTIFICACIÓN GENERAL								
1	Sexo							HRLALM	
2	Fecha de nacimiento Día Mes						Año		
3	Lugar de nacimie	ento: Esta	ado						
В	Variables								
B.1	Localización de la lesión a biopsiar por sistema estereotáctico BRW								
	1. Supratentorial 2.				2. Infraten	torial			
B.2	Lado								
	Izquierdo	Derec	cho	Frontal Ter	nporal Occip	oital Ten	nporal Parie	etal Cerebeloso	
						Tallo			
B.3	Utilidad de la Biopsia								
	1. Diagnóstica		2. No (	diagnóstica					

#### ANEXO II. Tamaño de la muestra

El t amaño d e l a m uestra fue a conveniencia ya q ue s e trató de un estudio retrospectivo y descriptivo.

#### ANEXO III. Consideraciones éticas.

Esta tesis ha sido diseñada con base a los principios éticos para las investigaciones médicas e n s eres hum anos adoptados po r l a 18<sup>a</sup>. Asamblea M édica Mundial Helsinki, Finlandia de junio de 1964 y enmendada p or la 29<sup>a</sup>. Asamblea Médica Mundial en Tokio, Japón de octubre; 35<sup>a</sup>. Asamblea Médica Mundial, Venecia, Italia de octubre de 1983; 41<sup>a</sup>. Asamblea Médica Mundial de Hong Kong de septiembre de 1989; 48<sup>a</sup>. Asamblea General Somerset West, Sudáfrica de octubre de 1996 y la 52<sup>a</sup>. A samblea General d e E dimburgo, E scocia de o ctubre de 2000. No ta d e clarificación de I pár rafo 29, agregada po r la a samblea ge neral de I a A MM Washington 2002, nota de clarificación del párrafo 30, agregada por la asamblea general de la AMM, Tokio 2004.

También se realizó de acuerdo con el reglamento de la Ley general de salud en materia de investigación para la salud en su título segundo, capítulo primero, artículo 16, artículo 17 fracción I, II, III y en la obligación de los investigadores clínicos. Además, se ajusta a las normas institucionales en materia de investigación científica.

Se consideró un estudio que no representa ningún riesgo de acuerdo a la Ley General de Salud en materia de Investigación en Salud, ya que se trata de un estudio retrospectivo, basado en una revisión de expedientes (fuente documental). Se seleccionaron a través de los expedientes clínicos tanto físicos como electrónicos a los pacientes que cumplieron con los criterios de inclusión, tomando los datos del mismo. La información que se manejó conservó la privacidad de los datos obtenidos, a signándose un núm ero de folio a c ada pa ciente s in m ostrar nombre o número de seguridad social y únicamente registrándose estadísticamente las variables de la presente investigación. Al ser un estudio sin riesgo no requirió carta de consentimiento informado, dado que se revisaron expedientes clínicos de donde s e r ecolectaron lo s dat os para s u descripción y a nálisis e n la presente investigación.

# ANEXO IV. Diseño Metodológico.

Diseño del estudio	Descriptivo
Por la maniobra del investigador	Observacional
Por el número de mediciones	Longitudinal
Por el tipo de recolección de datos	Retrospectivo

# ANÁLISIS ESTADÍSTICO

Captura de datos con programa Microsoft Excel en tablas de concentración.

- Análisis descriptivo estadístico para medidas de tendencia central y variables demográficas
- Prueba estadística utilizada para variables numéricas con prueba T de dos colas
- Prueba estadística para coeficiente de correlación interclase

En t odos lo s c asos, un v alor de p < 0.05 s erá c onsiderado estadísticamente significativo. Para el procesamiento de los datos se utilizará el paquete estadístico Minitab 18 para Windows