





دانشکده فنی مهندسی

پایان نامه کارشناسی ارشد

رشته مهندسی پزشکی گرایش بیوالکتریک

عنوان پایان نامه :

شناسایی و طبقه‌بندی رسوبات ریز کلسیم در تصاویر ماموگرافی با استفاده از

ویولت و شبکه عصبی

استاد راهنما :

آقای دکتر رسول خیاطی

استاد مشاور:

آقای دکتر علی گلستانها

نگارش :

رقیه مرادزاده

پائیز ۱۳۸۸

کلیه حقوق این پروژه متعلق به

دانشگاه شاهد می باشد* .

* استفاده از این رساله با ذکر منبع بلامانع است

در آغاز لازم می‌دانم از زحمات بی‌دریغ، تلاش‌های بی‌وقفه و راهنمایی‌های ارزشمند

استادگرامی جناب آقای دکتر خیاطی در راستای انجام این تحقیق، همکاری صمیمانه آقای دکتر گلستانها،

استاد محترم و دانشجویان صمیمی و مهربان دانشگاه شاهد

بشکر و قدر دانی نموده،

حاصل این زحمات که اقتدر را به رسم ادب تقدیم نمایم به:

پدر و مادر عزیزم که با الهامی محبت خود را گسترانیدند و با تحمل دشواری‌ها، سبب شدند تا در کمال آسودگی خیال

و فراغت بال، شوق آموختن در من زنده بماند

و برادر مهربانم که در دوران تحصیل همواره مشوق و پشتیبان من بوده است.

این نیست جز جلوه‌ای از لطف و رحمت پروردگاری که حتی از ادای شکر یک نعمت او ناتوانم.

تأییدیه هیئت داوران

اعضای هیئت داوران ، نسخه نهایی پایان نامه خانم رقیه مرادزاده

را با عنوان " شناسایی و طبقه بندی رسوبات ریز کلسیم در تصاویر ماموگرافی با استفاده از ویولت و شبکه عصبی " از نظر فرم و محتوی بررسی و پذیرش آن را برای تکمیل درجه کارشناسی ارشد تأیید می کند .

| امضاء | رتبه علمی | نام و نام خانوادگی | اعضای هیئت داوران |
|-------|-----------|------------------------|------------------------|
| | دکترا | دکتر رسول خیاطی | استاد راهنما |
| | دکترا | دکتر سید علی گلستانها | استاد مشاور |
| | دکترا | دکتر وحید رضا نفیسی | استاد ممتحن |
| | دکترا | دکتر علی مطیع نصرآبادی | استاد ممتحن |
| | دکترا | دکتر منصور ولی | نماینده تحصیلات تکمیلی |

چکیده

یکی از علائم بروز سرطان پستان، رسوبات ریز کلسیم موسوم به میکروکلسیفیکاسیون^۱ می باشد. این رسوبات ریز در تصاویر ماموگرافی، بصورت نقاط ریز و روشن و معمولاً بصورت منفرد یا خوشه‌ای ظاهر می شوند. یک خوشه می تواند متناظر با یک عارضه‌ی بدخیم و یا خوش خیم باشد. از آنجائیکه تصاویر ماموگرافی دارای وضوح پایینی هستند، ممکن است میکروکلسیفیکاسیونهای موجود در این تصاویر بخوبی قابل مشاهده نباشند، بنابراین استفاده از سیستم تشخیص کامپیوتری^۲ مبتنی بر تکنیک‌های پردازش تصویر می تواند تفسیر مطمئن تری از تصاویر ماموگرافی به منظور تشخیص میکروکلسیفیکاسیون‌ها فراهم کند.

در این تحقیق، رویکردی مبتنی بر تبدیل موجک^۳ و آستانه‌گذاری پویا^۴ به منظور استخراج میکروکلسیفیکاسیونها و تشخیص نوع آنها ارائه گردیده است. بدین منظور، در گام اول برای ارتقاء^۵ تصاویر ماموگرافی یک تابع غیر خطی برای بهینه‌سازی ضرایب تبدیل موجک اعمالی به تصویر میکروکلسیفیکاسیون استفاده شده و سپس آستانه‌گذاری پویا برای استخراج میکروکلسیفیکاسیونها بکار رفته که بدین وسیله بخش‌بندی انجام شده است. ارزیابی نتایج بخش‌بندی با استفاده از شاخص مشابهت^۶، کسر همپوشانی^۷ و کسر زیادی^۸ به ترتیب ۰/۹۷، ۰/۹۴ و صفر بدست آمده است. در نهایت، ناحیه مورد نظر^۹ با عملیات پنجره‌گذاری^{۱۰} و بدون کمک گرفتن از رادیولوژیست بدست آمده و ویژگی‌هایی نظیر: تعداد، مساحت، محیط، مدور بودن، میانگین و واریانس مساحت و محیط برای هر ناحیه استخراج و با بکارگیری شبکه عصبی چند لایه‌ی پرسپترون^{۱۱}، نوع میکروکلسیفیکاسیونها دسته‌بندی شده است. نتایج رویکرد پیشنهادی با استفاده از کمیتهای حساسیت^{۱۲}، اختصاصی بودن^{۱۳} و صحت^{۱۴} به ترتیب برابر با ۰/۱۰، ۰/۹۷ و ۰/۹۹ بدست آمده که بیانگر عملکرد بهتر این رویکرد نسبت به روشهای متداول است.

کلمات کلیدی: ماموگرافی، میکروکلسیفیکاسیون، سیستم تشخیص کامپیوتری، تبدیل موجک، شبکه‌ی عصبی پرسپترون چند

لایه

-
- 1-Microcalcification
 - 2 -Computer Aided System
 - 3-Wavelet
 - 4 -Dynamic
 - 5-Enhancement
 - 6- Similarity Index
 - 7- Over Fraction
 - 8- Extra Fraction
 - 9 -Region Of Interest
 - 10 Windowing
 - 11-Multi Layer Perceptron
 - 12-Sensitivity
 - 13-Specificity
 - 14-Accuracy

فهرست مطالب

فصل اول : کلیات

- ۱-۱- مقدمه ۱
- ۲-۱- هدف تحقیق ۲
- ۳-۱- روند تنظیم پایان نامه ۳

فصل دوم : ماموگرافی

- ۱-۲- مقدمه ۴
- ۲-۲- ماموگرافی تشخیصی ۶
- ۳-۲- انواع ناهنجاریهای پستان ۷
- ۱-۳-۲- کلسیفیکاسیون ها ۸
- ۲-۳-۲- توده ها ۱۰
- ۴-۲- سیستم تشخیص کامپیوتری ماموگرام ۱۰
- ۵-۲- مروری بر مطالعات پیشین ۱۳
- ۶-۲- پایگاه دادگان ۲۱
- ۷-۲- جمع بندی ۲۳

فصل سوم : مبانی تئوری تحقیق

- ۱-۳- مقدمه ۲۴
- ۲-۳- آشنایی با تبدیل موجک ۲۵
- ۱-۲-۳- پیاده سازی تبدیل موجک ۳۴
- ۲-۲-۳- بازسازی سیگنال از روی تبدیل موجک ۳۵
- ۳-۲-۳- تعمیم تبدیل موجک به دو بعد ۳۶
- ۴-۲-۳- الگوریتم های تجزیه و بازسازی سیگنال در دو بعد ۳۹
- ۳-۳- آستانه گذاری ۴۱
- ۴-۳- برچسب زنی ۴۴

| | |
|----|-----------------------------------------------------------------|
| ۴۵ | ۵-۳- تفریق تصویر |
| ۴۵ | ۶-۳- تیزکردن تصویر |
| ۴۷ | ۷-۳- شبکه عصبی |
| ۵۶ | ۸-۳- کمیتهای حساسیت، اختصاصی بودن و صحت و سنجه‌های مشابهت |
| ۵۷ | ۹-۳- جمع‌بندی |

فصل چهارم : رویکرد پیشنهادی به منظور شناسایی و دسته بندی رسوبات ریز کلسیم در تصاویر ماموگرافی با استفاده از تبدیل موجک و شبکه عصبی

| | |
|----|-----------------------------------------------------|
| ۵۸ | ۱-۴- مقدمه |
| ۵۹ | ۲-۴- حذف اجزاء زائد تصویر |
| ۶۰ | ۳-۴- تجزیه‌ی تصویر با استفاده از تبدیل موجک |
| ۶۱ | ۱-۳-۴- اعمال تابع شبه‌خطی به ضرایب تبدیل موجک |
| ۶۲ | ۲-۳-۴- اعمال تابع غیرخطی به ضرایب تبدیل موجک |
| ۶۵ | ۴-۴- تفریق تصویر |
| ۶۵ | ۵-۴- تیزکردن تصویر |
| ۶۵ | ۶-۴- آستانه‌گذاری به روش اتسو |
| ۶۶ | ۷-۴- استخراج ویژگی |
| ۶۷ | ۸-۴- دسته‌بندی با استفاده از شبکه عصبی |
| ۶۸ | ۳-۴- جمع‌بندی |

فصل پنجم : نتایج و ارزیابی

| | |
|----|---------------------------------------------------|
| ۷۰ | ۱-۵- مقدمه |
| ۷۰ | ۲-۵- اعمال آستانه‌گذار اتسو و برچسب‌زنی |
| ۷۰ | ۱-۲-۵- نتایج |
| ۷۱ | ۳-۵- تجزیه‌ی تصویر با استفاده از تبدیل موجک |
| ۷۲ | ۱-۳-۵- نتایج و ارزیابی |
| ۷۳ | ۴-۵- اعمال تابع شبه‌خطی به ضرایب تبدیل موجک |

| | |
|--------------------------|-------------------------------------------------------------------|
| ۷۳ | ۱-۴-۵- نتایج و ارزیابی |
| ۷۵ | ۵-۵- اعمال تابع غیرخطی به ضرایب تبدیل موجک |
| ۷۵ | ۱-۵-۵- نتایج و ارزیابی |
| ۷۸ | ۶-۵- نظرات رادیولوژیست در خصوص نتایج توابع شبه خطی و غیرخطی |
| ۸۰ | ۷-۵- تفریق تصویر |
| ۸۰ | ۱-۷-۵- نتایج و ارزیابی |
| ۸۳ | ۸-۵- تیزکردن تصویر |
| ۸۳ | ۱-۸-۵- نتایج |
| ۸۳ | ۹-۵- آستانه گذاری اتسو |
| ۸۳ | ۱-۹-۵- نتایج و ارزیابی |
| ۹۷ | ۱۰-۵- استخراج ویژگی |
| ۹۷ | ۱-۱۰-۵- نتایج |
| ۹۸ | ۱۱-۵- دسته بندی |
| ۹۸ | ۱-۱۱-۵- نتایج و ارزیابی |
| ۱۰۰ | ۱۲-۵- جمع بندی |
| فصل ششم: جمع بندی | |
| ۱۰۱ | ۱-۶- جمع بندی، بحث و نتیجه گیری |
| ۱۰۴ | ۲-۶- پیشنهادها برای تحقیقات آینده |

مراجع

چکیده لاتین

فهرست شکلها

- شکل ۱-۲ - ماموگرام طبیعی..... ۱۱
- شکل ۲-۲ - نمونه‌هایی از خوشه‌های میکروکلسیفیکاسیون..... ۱۱
- شکل ۳-۲ - نمونه‌هایی از توده‌های سوزنی شکل ۱۱
- شکل ۴-۲ - مراحل سیستم تشخیص کامپیوتری..... ۱۳
- شکل ۱-۳ - تصویر متعامد f در فضای V_2 ۲۷
- شکل ۲-۳ - تودرتویی زیرفضا در یک نمایش چند رزولوشنی ۲۸
- شکل ۳-۳ - تقریب تابع در رزولوشن‌های مختلف ۳۰
- شکل ۴-۳ - تابع مقیاس‌گر برای یک تقریب چند رزولوشنی..... ۳۰
- شکل ۵-۳ - ساختار درختی تجزیه موجک..... ۳۲
- شکل ۶-۳ - ساختار درختی بازسازی تبدیل موجک..... ۳۶
- شکل ۷-۳ - چگونگی تجزیه طیف فرکانسی تصویر با استفاده از تبدیل موجک ۳۸
- شکل ۸-۳ - ساختار درختی تجزیه تبدیل موجک در دو بعد..... ۴۰
- شکل ۹-۳ - ساختار درختی بازسازی تبدیل موجک در دو بعد..... ۴۰
- شکل ۱۰-۳: تابع تبدیل موجک و مقیاس‌گر هار..... ۴۰
- شکل ۱۱-۳: تابع تبدیل موجک و مقیاس‌گر. شانن ۴۱
- شکل ۱۲-۳: تابع تبدیل موجک و مقیاس‌گر دابشیز..... ۴۱
- شکل ۱۳-۳: تابع تبدیل موجک و مقیاس‌گر کویفلت..... ۴۱
- شکل ۱۴-۳: تابع تبدیل موجک و مقیاس‌گر بی‌ارتگنال..... ۴۱
- شکل ۱۵-۳ - نقاب 3×3 با ضرایب دلخواه ۴۶
- شکل ۱۶-۳ - نقاب یک فیلتر بالاگذر..... ۴۶
- شکل ۱۷-۳ - ساختار یک نرون مصنوعی..... ۴۸
- شکل ۱۸-۳ - نرون ساده خطی..... ۴۹
- شکل ۱۹-۳ - مدل نرون خطی به همراه تابع فعالسازی..... ۵۰

- شکل ۳-۲۰ - نمونه‌ای از یک شبکه پرسپترون ۵۲
- شکل ۳-۲۱ - نمایش FP, FN, TP و TN برای محاسبه حساسیت، اختصاصی بودن، صحت و سنجه‌های مشابهت ۵۷
- شکل ۴-۱ - مراحل پیاده‌سازی رویکرد پیشنهادی ۵۹
- شکل ۴-۲: نمونه‌ای از تصویر ماموگرام به همراه اجزاء زائد ۶۰
- شکل ۴-۳: نتیجه‌ی اعمال تابع شبه‌خطی به سیگنال ۶۲
- شکل ۴-۴: نتیجه‌ی اعمال تابع غیرخطی به سیگنال با مقادیر $b=1, c=0.5$ ۶۳
- شکل ۴-۵: نتیجه‌ی اعمال تابع غیرخطی به سیگنال با مقادیر $b=1, c=1$ ۶۳
- شکل ۴-۶: نتیجه‌ی اعمال تابع غیرخطی به سیگنال با مقادیر $b=-1, c=0.5$ ۶۴
- شکل ۴-۷: نتیجه‌ی اعمال تابع غیرخطی به سیگنال با مقادیر $b=0.5, c=0.5$ ۶۴
- شکل ۴-۸: نحوه‌ی محاسبه مساحت و محیط ۶۷
- شکل ۵-۱: نتایج مرحله‌ی آستانه‌گذاری اتسو و برچسب‌زنی ۷۱
- شکل ۵-۲: تجزیه تصویر با استفاده از تبدیل موجک ۷۲
- شکل ۵-۳: اثرات انتخاب مقدار آستانه‌ی T (خارج از محدوده‌ی جدول (۵-۱)) بر روی تصویر خروجی ۷۳
- شکل ۵-۴: نتایج اعمال تابع شبه‌خطی به ضرایب تبدیل موجک ۷۴
- شکل ۵-۵: اثرات انتخاب مقدار آستانه‌ی b (خارج از محدوده‌ی جدول (۵-۱)) بر روی تصویر خروجی ۷۵
- شکل ۵-۶: نتایج اعمال تابع غیرخطی به ضرایب تبدیل موجک ۷۶
- شکل ۵-۷: مقایسه‌ی تصویر ارتقا یافته با استفاده از توابع شبه‌خطی و غیرخطی ۷۷
- شکل ۵-۸: تصاویر ارتقاء یافته با توابع هار، دابشیز، کوئفلت و بی‌ارتگنال ۷۸
- شکل ۵-۹: نمونه‌ای از ارتقاء نویز به همراه میکروکلسیفیکاسیون ۸۰
- شکل ۵-۱۰: نتیجه تفریق تصویر اولیه از تصویر خروجی مرحله پیش‌پردازش ۸۱
- شکل ۵-۱۱: محل شروع تصویر ۸۱
- شکل ۵-۱۲: نتیجه تفریق تصویر اولیه از تصویر خروجی به‌همراه حذف پیکسل‌های محل شروع تصویر ۸۲
- شکل ۵-۱۳: نتیجه اعمال فیلتر بالاگذر به تصویر تفریق شده ۸۳
- شکل ۵-۱۴: تصویر بخش‌بندی شده ۸۴

- شکل ۵-۱۵: تصویر بخش‌بندی شده بدون حذف پیکسل‌های محل شروع تصویر ۸۴
- شکل ۵-۱۶: تصویر خروجی مرحله‌ی بخش‌بندی (پیش پردازش با اعمال تابع شبه‌خطی و غیرخطی به ضرایب موجک)..... ۸۵
- شکل ۵-۱۷: استخراج ناحیه ۸۰۰×۶۰۰ پیکسلی از تصویر..... ۸۹
- شکل ۵-۱۸: حذف اجزاء زائد تصویر..... ۹۵
- شکل ۵-۱۹: نتایج مراحل ارتقاء و بخش‌بندی..... ۹۶
- شکل ۵-۲۰: نقاب ۳۲×۳۲ پیکسلی تصویر..... ۹۷

فهرست جداول

- جدول ۳-۱ - چهار احتمال برای بدخیم و خوش خیم بودن یک نمونه..... ۵۶
- جدول ۵-۱- ضرایب تبدیل موجک مربوط به نویز و میکروکلسیفیکاسیون ۷۲
- جدول ۵-۲- نظرات رادیولوژیست در خصوص تصاویر حاصل از اعمال توابع شبه‌خطی و غیرخطی به ضرایب تبدیل موجک..... ۷۹
- جدول ۵-۳ : نتایج بخش‌بندی میکروکلسیفیکاسیونها با استفاده از کمیت‌های حساسیت، اختصاصی بودن و صحت (پیش‌پردازش با اعمال تابع شبه‌خطی به ضرایب موجک با در نظر گرفتن کل تصویر)..... ۸۷
- جدول ۵-۴ : نتایج بخش‌بندی میکروکلسیفیکاسیونها با استفاده از کمیت‌های حساسیت، اختصاصی بودن و صحت (پیش‌پردازش با اعمال تابع غیرخطی به ضرایب موجک با در نظر گرفتن کل تصویر) ۸۸
- جدول ۵-۵ : نتایج بخش‌بندی میکروکلسیفیکاسیونها با استفاده از کمیت‌های حساسیت، اختصاصی بودن و صحت (پیش‌پردازش با اعمال تابع شبه‌خطی به ضرایب موجک با تصویری به اندازه ۸۰۰×۶۰۰ پیکسل)..... ۹۰
- جدول ۵-۶ : نتایج بخش‌بندی میکروکلسیفیکاسیونها با استفاده از کمیت‌های حساسیت، اختصاصی بودن و صحت پیش‌پردازش با اعمال تابع غیرخطی به ضرایب موجک با تصویری به اندازه ۸۰۰×۶۰۰ پیکسل)..... ۹۱
- جدول ۵-۷: نتایج بخش‌بندی میکروکلسیفیکاسیونها با استفاده از سنج‌های مشابهت (پیش‌پردازش با اعمال تابع شبه‌خطی به ضرایب موجک با در نظر گرفتن کل تصویر)..... ۹۲
- جدول ۵-۸ : نتایج بخش‌بندی میکروکلسیفیکاسیونها با استفاده از سنج‌های مشابهت (پیش‌پردازش با اعمال تابع غیرخطی به ضرایب موجک با در نظر گرفتن کل تصویر) ۹۳
- جدول ۵-۹ : مقادیر سنج‌های مشابهت در تصاویر بخش‌بندی شده (پیش‌پردازش با اعمال تابع شبه‌خطی و غیرخطی به ضرایب موجک)..... ۹۴
- جدول ۵-۱۰: نتایج دسته‌بندی با شبکه پرسپترون با یک لایه پنهان و تقسیم داده‌ها بصورت ۵۰٪ یادگیری و ۵۰٪ ارزیابی ۹۹
- جدول ۵-۱۱ : نتایج دسته‌بندی با شبکه پرسپترون با یک لایه پنهان و تقسیم داده‌ها بصورت ۸۰٪ یادگیری و ۲۰٪ ارزیابی ۹۹
- جدول ۶-۱- مقایسه نتایج مطالعات پیشین با رویکرد پیشنهادی ۱۰۴

فصل اول

کلیات

۱-۱- مقدمه

ماموگرافی تنها روش مطمئنی است که می‌توان از طریق آن یک توده را در پستان پیش از آنکه از طریق لمس قابل تشخیص باشد، آشکار نمود. ماموگرافی موارد تشخیص متعددی دارد که مهمترین این موارد، تشخیص میکروکلسیفیکاسیونها می‌باشد. میکروکلسیفیکاسیونها ذرات خیلی ریزکلسیم در پستان هستند که اگر تعداد زیادی از میکروکلسیفیکاسیونها در یک ناحیه دیده شوند احتمال یک سرطان کوچک وجود دارد. تقریباً نیمی از سرطانهای تشخیص داده شده با ماموگرافی به صورت تجمعی از میکروکلسیفیکاسیونها ظاهر می‌شوند. میکروکلسیفیکاسیونها مهمترین علامت یک سرطان زود هنگام مجاری پستان هستند اما میکروکلسیفیکاسیونها سرطان نیستند. شکل و اندازه‌ی میکروکلسیفیکاسیونها به رادیولوژیست کمک می‌کند تا سرطانی بودن را تشخیص دهد. میکروکلسیفیکاسیونها در تصاویر ماموگرافی دارای وضوح پایینی هستند. بهبود دیجیتالی^۲ ماموگرام تفسیر مطمئن‌تری از میکروکلسیفیکاسیونها فراهم می‌نماید بدون اینکه به معاینات ثانویه بیمار نیازی باشد. تهیه‌ی ماموگرام در فواصل زمانی منظم، پزشکان را با حجم زیادی از این تصاویر روبرو می‌کند. تعداد نسبتاً محدود رادیولوژیست‌ها و تعداد زیاد تصاویر بررسی چشمی ماموگرام را هزینه‌بر، وقت‌گیر و گاهی غیردقیق خواهد ساخت در کنار اینکه حساسیت چشم انسان نیز با افزایش تعداد تصاویر کاهش می‌یابد. نتایج بررسی‌ها نشان می‌دهد اگر از دو رادیولوژیست برای آزمایش و

1 - Contrast

2- Digital enhancement

تشخیص هر ماموگرام استفاده شود و یا از یک رادیولوژیست خواسته شود هر ماموگرام را دو یا چند بار مورد آزمایش قرار دهد، صحت و درستی تشخیص افزایش می‌یابد. اما استفاده از دو رادیولوژیست یا آزمایش چند باره‌ی هر ماموگرام قیمت و هزینه را بالا می‌برد.

سیستم تشخیص کامپیوتری^۱ می‌تواند بسیاری از مشکلات ذکر شده را حل کند. اگر با تعداد زیادی از تصاویر سروکار داشته باشیم استفاده از این سیستم قدرت و صحت تشخیص را بالا می‌برد حتی اگر تعداد تصاویر زیاد نباشد با استفاده از این سیستم می‌توان کیفیت تصویر را افزایش داد. با یک سیستم تشخیص کامپیوتری می‌توان ناحیه‌ی مشکوک را شناسایی کرد سپس از یک رادیولوژیست خواست تا بررسی دقیقتری انجام دهد. بعلاوه با استفاده از روشهای مختلف پردازش تصویر می‌توان به افزایش صحت تشخیص رادیولوژیست کمک کرد. سیستم تشخیص کامپیوتری می‌تواند به عنوان رادیولوژیست دوم جایگزین شود. در این حالت دیگر نیازی به استفاده از یک رادیولوژیست دیگر نخواهد بود. اگر نیاز باشد یک رادیولوژیست هر ماموگرام را دو یا چند بار آزمایش کند، این سیستم می‌تواند آزمایشهای چند باره را انجام دهد. با این کار هم در زمان صرفه جویی می‌شود و هم قیمت و هزینه کاهش می‌یابد. سیستم تشخیص کامپیوتری ماموگرام‌های نرمال را با درصد اطمینان بالایی از ماموگرام‌های ناهنجار جدا می‌کند. با این کار تنها ماموگرام‌های ناهنجار مورد بررسی های بیشتر قرار می‌گیرند. روشهای تشخیص کامپیوتری تصاویر ماموگرافی که مبتنی بر تکنیک‌های پردازش تصویر است در زمینه های مختلفی به کار گرفته می‌شود. مراحل مختلف یک سیستم تشخیص کامپیوتری عبارت است از تصویر برداری، پیش پردازش^۲، بخش بندی، استخراج ویژگی، انتخاب ویژگی^۳، دسته بندی و ارزیابی.

۱-۲- هدف تحقیق

هدف از این تحقیق یک سیستم تشخیص کامپیوتری برای شناسایی و طبقه‌بندی رسوبات ریزکلسیم در تصاویر ماموگرافی با استفاده از تبدیل موجک^۴ و شبکه عصبی می‌باشد.

با توجه به اینکه میکروکلسیفیکاسیونها در تصاویر ماموگرام دارای شدت روشنایی بیشتری نسبت به بافت اطراف خود هستند و در فرکانس‌های بالای طیف فرکانسی قرار دارند، استفاده از روشی که با آن بتوان تصویر را به چند زیرتصویر با طیف فرکانسی متفاوت تبدیل نمود، مورد توجه قرار گرفت و روش تبدیل موجک برای این کار انتخاب

1 -Computer Aided Diagnosis (CAD)

2 -Pre- processing

3 -Feature selection

4 -Wavelet

گردید. در این تحقیق با استفاده از تبدیل موجک تصویر تا یک سطح تجزیه شده و سپس با مطالعه‌ی انجام شده بر روی ضرایب تبدیل موجک تصویر، از توابع شبه‌خطی و غیرخطی برای ارتقاء ضرایب تبدیل موجک میکروکلسیفیکاسیون استفاده خواهد شد. لازم به ذکر است که این روش برای اولین بار، در این تحقیق پیاده شده است. در ادامه و پس از بازسازی تصویر از روی ضرایب تبدیل موجک بهینه شده ارزیابی کمی و کیفی (نظر رادیولوژیست) تصاویر حاصله به انجام خواهد رسید. در مرحله بخش‌بندی تصویر، برای استخراج میکروکلسیفیکاسیون، از تفریق تصویر، تیزکردن و آستانه‌گذاری مبتنی بر روش اتسو استفاده می‌شود. به منظور دسته‌بندی میکروکلسیفیکاسیونها به دو دسته‌ی خوش‌خیم و بدخیم، می‌بایست ویژگی‌هایی از تصویر بخش‌بندی شده استخراج شود. برای این منظور و برای اولین بار، در این تحقیق یک نقاب 32×32 پیکسلی تعریف خواهد شد (اندازه 32×32 پیکسلی این نقاب در عمل به اندازه یک مربع با طول اضلاع یک سانتی‌متر است) و با استفاده از روش پنجره‌گذاری ویژگی‌های تعداد، مساحت، محیط، مدور بودن، میانگین مساحت، میانگین محیط، پراکندگی مساحت و پراکندگی محیط بدست آمده و به شبکه پرسپترون چندلایه داده می‌شود تا دسته‌بندی گردند و برای ارزیابی نتایج دسته‌بندی از کمیتهای حساسیت، میزان اختصاصی بودن و صحت استفاده خواهد شد.

۳-۱- روند تنظیم پایان‌نامه

در فصل اول کلیات تحقیق آمده است. در فصل دوم به معرفی ماموگرافی، سیستم تشخیص کامپیوتری ماموگرام، مروری بر مطالعات پیشین و معرفی پایگاه دادگان ماموگرام پرداخته می‌شود. در فصل سوم مبانی تئوری تحقیق توضیح داده خواهد شد که این تعاریف عبارتند از آشنایی با تبدیل موجک، آستانه‌گذاری، برجسبزی، تفریق تصویر، تیزکردن تصویر، شبکه‌ی عصبی و کمیتهای حساسیت، اختصاصی بودن، صحت و سنج‌های مشابهت. در فصل چهارم مراحل روش پیشنهادی به منظور شناسایی و طبقه‌بندی رسوبات ریز کلسیم در تصاویر ماموگرافی با استفاده از تبدیل موجک و شبکه‌ی عصبی، بیان می‌شود. در فصل پنجم نتایج پیاده‌سازی ارائه خواهد شد و ارزیابی هر مرحله مورد بررسی قرار خواهد گرفت و با توجه به نتایج بدست آمده جمع‌بندی، بحث و پیشنهادها برای تحقیقات آینده ارائه خواهند شد و در فصل ششم مراجعی که در طول پیاده‌سازی تحقیق مورد استفاده قرار گرفته است، ذکر می‌شود.

فصل دوم

ماموگرافی

۲-۱ - مقدمه

یکی از مهمترین و موثرترین راههای تشخیص سرطان پستان بخصوص در مراحل اولیهی بیماری، ماموگرافی می‌باشد. ماموگرافی یکی از شاخه‌های رادیولوژی و تصویربرداری است و از آزمونهای تشخیصی برای بررسی بیماریهای پستان است که توسط دستگاه مخصوصی بوسیله اشعه X صورت می‌گیرد. آمار نشان می‌دهد که در ردهی سنی ۱۵ الی ۵۴ سال بانوان، سرطان پستان نسبت به سایر انواع سرطان بیشترین تعداد قربانی را می‌گیرد. یکی از مهمترین راههای مبارزه با این بیماری تشخیص آن در مراحل اولیه پیدایش است. در حال حاضر بهترین روش برای این منظور ماموگرافی می‌باشد. ماموگرافی قادر است در زنان بدون علامت ظاهری، سرطانهای مخفی پستان را حتی پیش از قابل لمس شدن توده، شناسایی کند. روشهای بیماریابی با استفاده از ماموگرافی به علت تشخیص زود هنگام سرطان، قادر به کاهش ۳۳٪ موارد مرگ و میر بیماران بوده است. جامعه سرطان آمریکا پیشنهاد می‌کند که تمامی زنان از سن ۲۰ سالگی برنامه معاینه پستان توسط خود فرد را آغاز کرده و در سن ۳۵ سالگی یک ماموگرافی پایه انجام دهند. بررسی ماموگرافی طی سنین ۴۰ تا ۵۰ سالگی باید بنا به درخواست پزشک در موارد مشکوک انجام گیرد. و پس از ۵۰ سالگی انجام ماموگرافی سالیانه ضرورت می‌یابد [20].

همانطور که گفته شد ماموگرافی تنها روش مطمئنی است که می‌توان از طریق آن یک توده را در پستان پیش از آنکه از طریق لمس قابل تشخیص باشد، آشکار نمود. البته باید توجه داشت که ماموگرافی نمی‌تواند جایگزینی برای بیوپسی (نمونه برداری از بافت) باشد، اگر ماموگرافی با احتمال خیلی قوی سرطانی بودن را تشخیص دهد، تصویربرداری

تکمیلی یا بیوپسی توصیه می‌شود. در بیوپسی، بافت برداشته شده از پستان در زیر میکروسکوپ آزمایش می‌شود، این تنها راه تشخیص قطعی سرطان پستان است. آمار نشان می‌دهد بین ۶۵٪ تا ۸۰٪ از بیوپسی‌ها غیر سرطانی هستند. بطور کلی در حدود ۴۰٪ از سرطانهای پستان در مراحل اولیه قابل تشخیص هستند. مطالعات نشان داده که در زنانی که به طور منظم از طریق ماموگرافی مورد آزمایش قرار می‌گیرند نرخ ابتلا به سرطان پستان و مرگ و میر ناشی از آن به طور چشمگیری کاهش می‌یابد. در حال حاضر رادیوگرافی (X-ray) یکی از کارآمدترین روشهای تشخیص سرطان پستان در مراحل اولیه‌ی بیماری می‌باشد که بطور کلی مشابه رادیوگرافی سایر اعضا صورت می‌گیرد ولی با دوز اشعه‌ی کمتر.

اولین رادیوگرافی از پستان در سال ۱۹۲۷ انجام شد و در دهه ۳۰ در آمریکای جنوبی، ایالات متحده و اروپا ماموگرافی شروع شد. در آن زمان استفاده از ماموگرافی برای تشخیص سرطان پستان کمتر مورد توجه قرار گرفت. تا جاییکه این کار توسط چند تن از مهندسين از جمله *Le Borgne* از اورگوئه، *Gershon – Cohen* از ایالات متحده و *Gros* از آلمان ادامه داده پیدا کرد و چندین تکنیک کلینیکی از تصویربرداری ماموگرافی منتشر شد. در میانه‌ی دهه‌ی ۵۰، ماموگرافی با دارا بودن تیوب اشعه X باولتاژ پائین با آند از جنس مولیبدن، فیلم رادیولوژی صنعتی، بعنوان یک وسیله کلینیکی واقعی بصورت گسترده مورد استفاده قرار گرفت. در این زمان، *Egan* از ایالات متحده و *Gros* از آلمان بخاطر استفاده از ماموگرافی برای تشخیص و ارزیابی سرطان پستان به شهرت رسیدند. از این زمان بود که اولین تلاشها برای تصویربرداری عمومی شروع شد. ترکیبی از رزولوشن بالا، فیلمهای *x-ray* با سرعت بالا و صفحات فولی، اولین بار توسط شرکت *DuPont* معرفی شد. چنانکه میزان پرتوگیری بیمار به مقدار زیادی کاهش پیدا کرد. ترکیب فیلم - صفحه در سال ۱۹۷۵ توسط دو شرکت *DuPont* و *Kodak* بهبود یافت و در این زمان فیلمهایی با کیفیت بسیار بالا تولید شد درحالیکه پرتوگیری بیمار نیز کاهش پیدا کرده بود. در این سال فیلمهایی با دوز پائین تر و تکنیک بزرگنمایی معرفی شدند. امروزه ثابت شده که ماموگرافی با کیفیت بالا، معاینات دقیق فیزیکی، چک آپهای ماهانه پستان توسط خود شخص باعث بهتر آشکار شدن سرطان پستان در مراحل ابتدایی می‌شود. یعنی در مرحله‌ی که سرطان قابل درمان می‌باشد.

در سال ۱۹۷۳ تحقیق آشکارسازی و نمایش سرطان پستان^۱ (*BCDDP*) انجام شد. در این تحقیق ۲۸۰۰۰۰ زن در سال برای مدت ۵ سال از ۲۹ ناحیه از ایالات متحده مورد عکسبرداری قرار گرفتند. این تحقیق توسط جامعه سرطان آمریکا^۲ (*ACS*) و موسسه ملی سرطان^۳ (*NCI*) انجام شد. در این تحقیق ثابت شد که معاینات بالینی،

1 - Breast cancer detection demonstration project

2 - American Cancer Society

3 - National Cancer Institute

عکسبرداری، ماموگرافی و چکاپهای ماهانه پستان توسط خود شخص به تشخیص زودتر سرطان کمک می‌کند و بیشتر از ۴۱٪ از بیماران مبتلا به سرطان فقط با ماموگرافی مشخص شدند و حتی درصد بیشتری از افراد مبتلا به سرطان پستان در مراحل ابتدایی، توسط ماموگرافی شناسایی شدند. اگر چه تحقیق موفق طراحی نشده بود تا ثابت کند که تشخیص سریع و زودرس سرطان پستان باعث افزایش نسبت زنده ماندن می‌شود اما دلیل محکمی شد تا در کشورهای هلند، سوئد و آلمان کنترل‌های علمی دقیقی انجام شود که نشان داد تشخیص زودرس سرطان پستان باعث بالا رفتن نسبت علاج پذیری آن می‌شود.

۲-۲- ماموگرافی تشخیصی

ماموگرافی تشخیصی، رادیوگرافی از پستان‌ها برای رد یا تایید ناهنجاریهایی از پستان است که در معاینات فیزیکی یا ماموگرافی معمولی مشکوک تشخیص داده شده‌اند. ماموگرافی تشخیصی از نظر تعداد نماهای^۱ گرفته شده با ماموگرافی معمولی متفاوت است از این نظر که تعداد نماها در ماموگرافی تشخیصی بسیار بیشتر از ماموگرافی معمولی است (در ماموگرافی معمولی فقط دو نما انجام می‌شود). بنابراین ماموگرافی تشخیصی وقت و هزینه بیشتری در بر دارد. هدف از ماموگرافی تشخیصی، تشخیص دقیق اندازه و موقعیت ناهنجاریهای پستان و به تصویر کشیدن بافت اطراف توده می‌باشد. در بسیاری از موارد ماموگرافی تشخیصی به تشخیص ناهنجاریهای خطرناکی که بسیار شبیه بافت غیر سرطانی هستند کمک می‌کند. وقتی تشخیص بین سرطانی و غیر سرطانی مقدور نباشد رادیولوژیست توصیه می‌کند که بیمار ۶ ماه بعد یک ماموگرافی معمولی به عمل آورد. اگر در ماموگرافی تشخیصی متوجه وجود ناهنجاری مشکوک شدیم ممکن است معاینات تکمیلی از پستان‌ها مثل سونوگرافی یا بیوپسی توصیه شود. بیوپسی تنها راه مطمئن برای تشخیص سرطان پستان در زنان است. در ماموگرافی تشخیصی تعداد چهار نما وجود دارد که این نماها در ادامه به تفصیل توضیح داده خواهد شد [20].

- نمای ابلیک لترال داخلی^۲ (MLO)

این نما را نمای زاویه‌دار می‌گویند. در این نما عضلات ریه باید از بالا تا ۱/۴ فوقانی خارجی پستان و زیر بغل به صورت زاویه‌دار و تا زیر نوک پستان یا حتی پائین‌تر قابل رویت باشد. شکل عضلات باید هلالی و به سمت خارج باشد که نشان دهنده‌ی شل بودن عضلات است. نوک پستان باید در این نما نشان داده شود و همچنین قسمتی از شکم نیز باید قابل رویت باشد.

1- Views

2- Medio-lateral oblique view

برای گرفتن نمای ابلیک لترال داخلی، رادیولوژیست به تیوب زاویه ۳۰-۶۰ می دهد. صفحه نگه دارنده ماموگرافی که حامل کاست فیلم و یا آشکارساز دیجیتال است، پستان را نگه می دارد. صفحه نگه دارنده باید با عضلات قفسه پستان موازی باشد و لبه بالایی صفحه نگه دارنده باید هم سطح زیر بغل باشد.

- نمای کرانیوکودال^۱ (CC)

در نمای کرانیوکودال پستان از بالا تصویربرداری می شود. این نما هم در ماموگرافی معمولی و هم در ماموگرافی تشخیصی به عمل می آید. در نمای کرانیوکودال باید بافت غده های پستان کاملاً قابل رویت باشند. بافت چربی نزدیک عضلات پستان باید به صورت نوارهای تیره مشخص باشد و در پشت آنان عضلات قفسه سینه دیده شود و ضمناً نوک پستان نیز باید مشخص باشد.

- نمای داخلی خارجی^۲ (ML)

در نمای داخلی خارجی از مرکز قفسه سینه به سمت خارج تصویربرداری می شود. اگر نمای ابلیک گرفته نشود، در این نما تصاویر پستان از قسمت خارجی پستان به سمت مرکز قفسه سینه تصویربرداری می شود تا ناحیه ی خارجی پستان جایکه بیشترین تغییرات پاتولوژیک یافت می شود به فیلم نزدیکتر باشد. به هر حال اگر پزشک قسمت میانی پستان را بیشتر مد نظر داشته باشد، نمای لترال داخلی ممکن است انتخاب شود. در نمای داخلی خارجی عضلات ریه باید به صورت باندهای روشن باریک حداقل در نیمی از تصویر دیده شود. نوک پستان باید در تصویر دیده شود و بعلاوه قسمتی از شکم نیز باید در زیر پستان دیده شود.

- نمای لترال داخلی^۳ (LM)

نمای لترال داخلی تصویربرداری پستان از قسمت خارجی به سمت مرکز قفسه سینه است، وقتی که پزشک قسمت میانی پستان را بیشتر مد نظر داشته باشد نمای لترال داخلی استفاده می شود.

۲-۳- انواع ناهنجاریهای پستان

ماموگرافی موارد تشخیص متعددی دارد که مهمترین آنها تشخیص کلسیفیکاسیونها و توده ها^۴ می باشد.

1- Cranio – Caudal view
2 -Medio – lateral view
3- Latero – Medial view
4 -Masses